

(12) NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES
PATENTWESENS (PCT) VERÖFFENTLICHTE INTERNATIONALE ANMELDUNG

(19) Weltorganisation für geistiges Eigentum
Internationales Büro



(43) Internationales Veröffentlichungsdatum
10. Juni 2010 (10.06.2010)

(10) Internationale Veröffentlichungsnummer
WO 2010/063455 A1

- (51) Internationale Patentklassifikation:
G01N 15/14 (2006.01) *G01J 3/427* (2006.01)
- (21) Internationales Aktenzeichen: PCT/EP2009/008565
- (22) Internationales Anmeldedatum:
2. Dezember 2009 (02.12.2009)
- (25) Einreichungssprache: Deutsch
- (26) Veröffentlichungssprache: Deutsch
- (30) Angaben zur Priorität:
08020927.3 3. Dezember 2008 (03.12.2008) EP
- (71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten mit Ausnahme von US): **GRUNDFOS MANAGEMENT A/S** [DK/DK];
Poul Due Jensens Vej 7-11, DK-8850 Bjerringbro (DK).
- (72) Erfinder; und
- (75) Erfinder/Anmelder (nur für US): **BENTIEN, Anders**
[DK/DK]; Grenåvej 658, DK-8541 Skødstrup (DK).
- (74) Anwalt: **VOLLMANN & HEMMER**; Bei der Lohmühle 23, 23554 Lübeck (DE).
- (81) Bestimmungsstaaten (soweit nicht anders angegeben, für jede verfügbare nationale Schutzrechtsart): AE, AG, AL, AM, AO, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BH, BR, BW, BY, BZ, CA, CH, CL, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM,

DO, DZ, EC, EE, EG, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, GT, HN, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KM, KN, KP, KR, KZ, LA, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LY, MA, MD, ME, MG, MK, MN, MW, MX, MY, MZ, NA, NG, NI, NO, NZ, OM, PE, PG, PH, PL, PT, RO, RS, RU, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SM, ST, SV, SY, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC, VN, ZA, ZM, ZW.

- (84) Bestimmungsstaaten (soweit nicht anders angegeben, für jede verfügbare regionale Schutzrechtsart): ARIPO (BW, GH, GM, KE, LS, MW, MZ, NA, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), eurasisches (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), europäisches (AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HR, HU, IE, IS, IT, LT, LU, LV, MC, MK, MT, NL, NO, PL, PT, RO, SE, SI, SK, SM, TR), OAPI (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

Veröffentlicht:

- mit internationalem Recherchenbericht (Artikel 21 Absatz 3)
- vor Ablauf der für Änderungen der Ansprüche geltenden Frist; Veröffentlichung wird wiederholt, falls Änderungen eingehen (Regel 48 Absatz 2 Buchstabe h)

(54) Title: SENSOR SYSTEM FOR CAPTURING AND SPECIFYING INDIVIDUAL PARTICLES IN A FLUID

(54) Bezeichnung : SENSORSYSTEM ZUM ERFASSEN UND SPEZIFIZIEREN VON EINZELNEN PARTIKELN IN EINEM FLUID

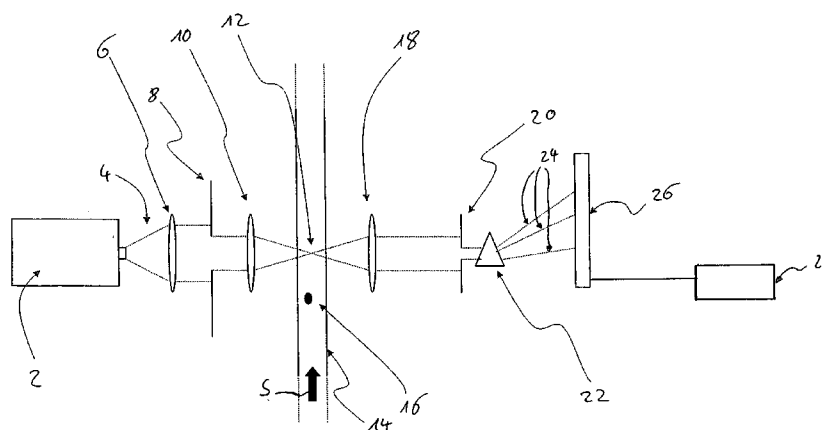


Fig. 1

(57) Abstract: The invention relates to a sensor system for capturing and specifying individual particles (16) in a fluid, having a measurement cell (14) through which the fluid can flow, a light source (2; 30) that is arranged on the measurement cell (14) and creates a light beam (4; 36) passing through the measurement cell (14), and an intensity sensor (26; 44) that is arranged on the measurement cell (14) opposite the light source (2; 30) such that it captures the light beam exiting the measurement cell (14) and is designed for separately capturing the intensity (I_A , I_B) of the light beam in at least two different wavelength regions (λ_A , λ_B).

(57) Zusammenfassung: Die Erfindung betrifft ein

[Fortsetzung auf der nächsten Seite]



Sensorsystem zum Erfassen und Spezifizieren von einzelnen Partikeln (16) in einem Fluid, mit einer von dem Fluid durchström-
baren Messzelle (14), einer Lichtquelle (2; 30), welche an der Messzelle (14) angeordnet ist und einen die Messzelle (14) durch-
laufenden Lichtstrahl (4; 36) erzeugt, sowie einem Intensitätssensor (26; 44), welcher an der Messzelle (14) derart gegenüberlie-
gend zu der Lichtquelle (2; 30) angeordnet ist, dass er den aus der Messzelle (14) austretenden Lichtstrahl erfasst, und zur separa-
ten Erfassung der Intensität (I_A , I_B) des Lichtstrahls in zumindest zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen (λ_A , λ_B) ausgebil-
det ist.

Anmelder: Grundfos Management a/s
Titel: Sensorsystem zum Erfassen und Spezifizieren von
einzelnen Partikeln in einem Fluid
Unser Zeichen: GP 1804 WO

Beschreibung

Die Erfindung betrifft ein Sensorsystem zum Erfassen und Spezifizieren von einzelnen Partikeln in einem Fluid.

5 In vielen Anwendungen ist es wünschenswert, Mikroorganismen auf kostengünstige und schnelle Weise nachweisen zu können, beispielsweise im Bereich der Wasserversorgung. Eine weit verbreitete Methode ist es, Mikroorganismen zum Nachweis auf Nährböden wachsen zu lassen. Dies dauert in der Regel 24 bis 48 Stunden, sodass der Nachweis recht
10 lange dauert. Insbesondere bei der Wasserversorgung, beispielsweise in der Lebensmittelindustrie, ist es jedoch wünschenswert, Bakterien schnellstmöglich zu erkennen, um ggf. die Produktion stoppen zu können.

15 In den letzten Jahren sind verschiedene andere Methoden entwickelt worden, um Bakterien feststellen und quantifizieren zu können, welche schneller arbeiten. Dabei ist jedoch das Problem, dass die sehr einfach arbeitenden Methoden häufig eine große Anzahl von Bakterien benötigen, während Verfahren, welche eine geringe Anzahl von Bakterien
20 feststellen können, sehr teuer sind.

US 5,811,251 offenbart ein System, bei welchem die Anzahl lebender Mikroorganismen basierend auf einem CCD-System gezählt wird. US 5,972,641 und US 5,518,894 offenbaren Schnelltestsysteme basierend
25 auf statistischen Methoden, um die Anzahl der vorhandenen Bakterien

zu ermitteln. Auch diese Verfahren benötigen bis zu elf Stunden um eine geringe Anzahl von Bakterien feststellen zu können.

5 Ferner sind Verfahren zum Erfassen von Mikroorganismen basierend auf Fluoreszenz und Laserlicht beispielsweise aus US 5,891,394, US 5,858,697, US 5,763,203, US 5,751,839 und US 5,663,057 bekannt. Nachteil dieser Verfahren ist, dass eine teure Laserlichtquelle erforderlich ist. Darüber hinaus sind auch Immuntests bekannt, welche zum Erfassen bestimmter Typen von Mikroorganismen verwendet werden. Allerdings ist der Ein-
10 satz dieser Tests beschränkt und es ist erforderlich, Antikörper für jeden zu erfassenden Mikroorganismus herzustellen, was zeit- und kostenintensiv ist.

Es ist daher Aufgabe der Erfindung, ein kostengünstiges Sensorsystem
15 zum Erfassen und Spezifizieren von einzelnen Partikeln in einem Fluid bereitzustellen.

Diese Aufgabe wird durch ein Sensorsystem mit den im Anspruch 1 angegebenen Merkmalen gelöst. Bevorzugte Ausführungsformen ergeben sich aus den Unteransprüchen, der nachfolgenden Beschreibung
20 sowie den beigefügten Figuren.

Das erfindungsgemäße Sensorsystem basiert auf einer Erkennung der unterschiedlichen Lichtabsorption von Partikeln, welche sich in einem
25 Fluid befinden. Das erfindungsgemäße Sensorsystem weist eine von dem zu untersuchenden Fluid durchströmbare Messzelle auf. Eine Lichtquelle ist so an der Messzelle angeordnet, dass der von der Lichtquelle erzeugte Lichtstrahl durch die Messzelle hindurchtritt. D.h. es wird von der Lichtquelle ein die Messzelle durchlaufender Lichtstrahl erzeugt.
30 Darüber hinaus ist ein Intensitätssensor vorgesehen. Dieser ist an der Messzelle gegenüberliegend zu der Lichtquelle angeordnet. Das be-

deutet, der Intensitätssensor erfasst den Lichtstrahl, welcher von der Lichtquelle ausgeht und die Messzelle durchläuft.

Die Messzelle ist bevorzugt zur kontinuierlichen Durchströmung durch das Fluid ausgebildet. So kann die Messzelle beispielsweise direkt in einer Förderleitung für Wasser, beispielsweise Trinkwasser, oder in ein Pumpensystem, beispielsweise für Wasser, integriert werden, so dass das geförderte Fluid, bevorzugt das gesamte geförderte Fluid, die Messzelle kontinuierlich durchströmt. Dabei kann eine kontinuierliche Analyse des durchströmenden Fluids durchgeführt werden, so dass beispielsweise in einer Trinkwasserversorgung eine kontinuierliche Überwachung des Fluids bzw. des Wassers möglich ist.

Der Intensitätssensor ist darüber hinaus zur separaten Erfassung der Intensität des Lichtstrahles in zumindest zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen ausgebildet, welche von dem aus der Lichtquelle abgestrahlten Licht umfasst sind.

Dies ermöglicht es, Intensitätsänderungen und insbesondere die Lichtabsorption von Partikeln, welche in der Messzelle durch den Lichtstrahl hindurchtreten in zumindest zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen zu erfassen. Auf diese Weise wird es möglich, Charakteristika einzelner Partikel aufgrund deren Absorptionsrate bei unterschiedlichen Wellenlängen zu erkennen. Insbesondere wird es möglich, organische Moleküle von anorganischen Verunreinigungen im Fluid zu unterscheiden. So weist die Absorptionsrate von Mikroorganismen in bestimmten Wellenlängenbereichen ein Minimum und in weiteren bestimmten Wellenlängenbereichen ein Maximum auf. Diese Charakteristika ermöglichen eine Erkennung. Durch Erfassung dieser Wellenlängenbereiche mit Hilfe des Intensitätssensors wird es möglich, einzelne Mikroorganismen entsprechend zu erkennen und zu spezifizieren. Insbesondere das Absorptionsspektrum von DNA und Proteinen eines Mikroorganismus

sind einzigartig hinsichtlich des lokalen Minimums und des lokalen Maximums in dem Absorptionsspektrum, sodass eine Unterscheidung von anorganischen Verunreinigungen und anderen Partikeln möglich wird.

- 5 Wenn somit bei dem erfindungsgemäßen Sensorsystem von dem Intensitätssensor in den zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen charakteristische Maxima oder Minima, welche einem Auswertesystem vorgegeben sind, erfasst werden, kann das Sensorsystem somit auf das Vorhandensein von Mikroorganismen in dem durch die Messzelle strömenden Fluid schließen. Diese Erfassung kann mit sehr großer Genauigkeit erfolgen. Es können einzelne Mikroorganismen bzw. Bakterien in dem Fluid nachgewiesen werden, wenn sie den Lichtstrahl in der Messzelle passieren. Zur Erfassung von Mikroorganismen bzw. Bakterien wird der Intensitätssensor entsprechend empfindlich ausgebildet, um derart
- 10 kleine Partikel, vorzugsweise Partikel kleiner 10, weiter bevorzugt kleiner 5 µm, in Form einzelner Partikel erfassen zu können.

- Zur Erkennung von Bakterien oder Mikroorganismen soll erfindungsgemäß das charakteristische Absorptionsspektrum Verwendung finden.
- 20 Nur die Absorption mit Hilfe des Intensitätssensors zu bestimmen, ist jedoch unter Umständen schwierig, da es passieren kann, dass ein Teil des Lichtes, wenn es auf einen Partikel auftrifft, gestreut wird. Dies kann insbesondere dann der Fall sein, wenn die Partikelgröße in der gleichen Größenordnung oder kleiner als die Wellenlänge des Lichtstrahles liegt.
- 25 Diese Streuung ist schwierig zu messen. Hierzu müsste ein Sensor eingesetzt werden, welcher Licht, welches in verschiedene Richtungen gestreut wird, erfassen kann. Daher kann erfindungsgemäß, anstatt die Absorption selber zu bestimmen, auch einfach eine Intensitätsänderung bzw. Auslöschung von dem Intensitätssensor erfasst werden. Diese In-
- 30 tensitätsänderung beinhaltet die tatsächliche Absorption und den gestreuten Anteil des Lichtes. D. h. beim Passieren eines Partikels durch den Lichtstrahl ändert sich die Intensität um den Betrag des gestreuten

und den Betrag des absorbierten Lichtes. Wenn in der nachfolgenden Beschreibung davon die Rede ist, dass die Absorption bestimmt wird, so ist zu verstehen, dass hierunter nicht nur die tatsächliche Absorption sondern auch die Auslöschung bzw. Intensitätsänderung zu verstehen
5 ist, welche neben der Absorption auch einen gestreuten Lichtanteil beinhaltet.

Das spezifische Absorptionsspektrum von DNA und Proteinen ist verglichen zu anorganischen Verschmutzungen dadurch einzigartig, dass es
10 eine sehr große Absorption unterhalb einer Wellenlänge von ungefähr 300 nm aufweist. Darüber hinaus sind lokale Minima und Maxima im Absorptionsspektrum im ultravioletten Bereich festgestellt worden. Diese Eigenschaften können genutzt werden, um mit Hilfe des Intensitätssensors Mikroorganismen, und insbesondere einzelne Mikroorganismen
15 bzw. Bakterien zu detektieren. Bevorzugt ist daher der Intensitätssensor derart ausgebildet, dass er einen Wellenlängenbereich kleiner 300 nm erfassen kann.

Es ist somit nicht erforderlich, das ganze Absorptionsspektrum zu erfassen. Vielmehr ist es ausreichend, wenigstens zwei Wellenlängenbereiche zu erfassen, von denen vorzugsweise wenigstens einer im UV-Bereich kleiner 300 nm Wellenlänge gelegen ist.
20

Bevorzugt ist der Intensitätssensor derart ausgebildet, dass ein erster
25 Wellenlängenbereich, in welchem die Intensität von dem Intensitätssensor separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich ist, in welchem die zu erfassenden bzw. zu detektierenden Partikel ein lokales Minimum in der Lichtabsorption aufweisen. Bevorzugt ist dies eine Wellenlänge zwischen 220 und 260 nm. Dies ist der Bereich, in dem Mikroben üblicherweise ein lokales Minimum in der Lichtabsorption aufweisen.
30

Weiter bevorzugt ist der Intensitätssensor derart ausgebildet, dass ein zweiter Wellenlängenbereich, in welchem die Intensität separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich ist, in welchem die zu erfassenden bzw. zu detektierenden Partikel ein lokales Maximum in der Lichtabsorption aufweisen. Dies ist vorzugsweise eine Wellenlänge zwischen 240 und 290 nm. In diesem Wellenbereich weisen Mikroorganismen üblicherweise ein lokales Maximum in der Absorptionsrate auf.

Insofern ist der Intensitätssensor vorzugsweise so ausgebildet, dass er zumindest in den beiden vorgenannten Wellenlängenbereichen die Intensität des aus der Messzelle austretenden Lichtstrahles erfassen kann. Die Lichtquelle ist dabei entsprechend ausgebildet, sodass sie Licht der auszuwertenden Wellenlängen aussendet. In diesem Wellenlängenbereich ist es dann anhand des Intensitätssensors möglich, die Lichtabsorption zu erfassen und beispielsweise beim Unter- oder Überschreiten von vorbestimmten Grenzwerten auf das Vorhandensein von Mikroorganismen, und ggf. bestimmter Mikroorganismen mit charakteristischer Absorptionsrate zu schließen.

Gemäß einer weiteren bevorzugten Ausführungsform ist der Intensitätssensor derart ausgebildet, dass ein dritter Wellenlängenbereich vorhanden ist, in welchem die Intensität des aus der Messzelle austretenden Lichtstrahls von dem Intensitätssensor separat erfassbar ist. Dieser dritte Wellenlängenbereich, welcher ebenfalls von dem von der Lichtquelle abgestrahlten Licht umfasst ist, ist dabei bevorzugt ein Wellenlängenbereich, in welchem die zu erfassenden Partikel im Wesentlichen kein Licht absorbieren. Vorzugsweise ist dies ein Bereich einer Wellenlänge zwischen 300 und 1100 nm. DNA, Proteine und andere Bestandteile von Mikroorganismen bzw. Bakterien haben oberhalb einer Wellenlänge von 300 nm üblicherweise keine signifikante Absorption.

Um in den zuvor genannten charakteristischen Wellenlängenbereichen lokale Minima oder Maxima erfassen zu können, ist es vorzugsweise auch möglich, dass der Intensitätssensor derart ausgebildet ist, dass er in einem größeren Spektrum, welches die vorgenannten charakteristischen Wellenlängenbereiche einschließt, die Intensität erfasst und eine
5 Zuordnung der erfassten Intensität zu einem Wellenlängenbereich zulässt.

Das Sensorsystem weist eine mit dem Intensitätssensor verbundene
10 Auswerteeinrichtung auf, welche derart ausgebildet ist, dass sie anhand der erfassten Intensitäten in zumindest zwei genannten Wellenlängenbereichen die Art eines den Lichtstrahl passierenden Partikels erkennt. So kann die Auswerteeinrichtung die in den zwei Wellenlängenbereichen aktuell erfassten Intensitäten mit vorgegebenen Grenzwerten
15 vergleichen und beim Über- und Unterschreiten der Grenzwerte auf einen bestimmten Partikel schließen. Insbesondere werden dabei stets die zuvor genannten zwei bzw. weiter bevorzugt drei genannten Wellenlängenbereiche zusammen betrachtet, d.h. bestimmte Partikel werden anhand ihrer jeweiligen Absorptionsrate in den genannten Wellenlängenbereichen erkannt. Die Erfassung in den einzelnen Wellenlängenbereichen erfolgt dabei vorzugsweise zeitgleich, sodass immer die jeweilige Intensität in allen Wellenlängenbereichen erfasst wird, welche charakteristische Absorptionsraten für bestimmte Partikel erwarten lassen. Die zeitgleiche Erfassung ermöglicht die kontinuierliche Untersu-
20 chung eines die Messzelle durchströmenden Fluids.
25

Vorzugsweise ist die Auswerteeinrichtung derart ausgebildet, dass sie zur Bestimmung des Absorptionsgrades für einen erfassten Wellenlängenbereich die aktuell erfasste Intensität von einer zuvor erfassten oder
30 gespeicherten Grund-Intensität des Lichtstrahls ohne Partikel subtrahiert. Auf diese Weise erhält man die aktuelle Absorptionsrate in dem jeweiligen Wellenlängenbereich. In dem Fall, dass es auch zu einer Streuung

des Lichtes beim Auftreffen auf einen Partikel kommt, wird auf diese Weise nicht die eigentliche Absorption sondern eine Intensitätsänderung erfasst, welche sich aus Absorption und Streuung zusammensetzt. Diese weist jedoch einen auswertbaren charakteristischen Anteil der Absorption auf. D. h. auch die Intensitätsänderung weist in einzelnen Wellenlängenbereichen charakteristische Merkmale auf, welche die Identifikation eines Mikroorganismus ermöglichen. So kann beispielsweise die Intensitätsänderung in einem Wellenlängenbereich kleiner 300 nm und bei einer zweiten Wellenlänge größer 300 nm erfolgen. Die dabei erfasste Auslöschung sollte für einen Mikroorganismus unterhalb 300 nm über einem bestimmten Grenzwert liegen, was für eine signifikante Absorption in diesem Wellenlängenbereich spricht. Dahingegen sollte in dem Wellenlängenbereich über 300 nm die erfasste Auslöschung unterhalb eines festgesetzten Grenzwertes liegen, woran erkannt werden kann, dass der erfasste Partikel für eine Mikrobe nicht zu groß ist. Abgesehen davon sollte weiter bevorzugt das Verhältnis der beiden erfassten Auslöschungswerte unter und oberhalb 300 nm Wellenlänge oberhalb eines bevorzugten Grenzwertes, beispielsweise größer als 3, liegen.

Zur Bestimmung bzw. Identifikation eines bestimmten Mikroorganismus können die bei den zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen ermittelten Intensitätswerte bzw. die ermittelten Absorptionswerte miteinander verglichen werden, beispielsweise in der Weise, dass von der Auswerteeinrichtung erfasst wird, ob beide Werte gleich groß sind oder einer der Werte größer als der andere ist. Aus diesen Verhältnissen der Werte zueinander kann auf die Art des erfassten Partikels geschlossen werden und insbesondere erkannt werden, ob es sich um einen anorganischen Partikel oder um einen organischen Partikel wie eine Mikrobe handelt.

30

Bevorzugt ist die Auswerteeinrichtung daher derart ausgebildet, dass sie die ermittelten Intensitätsänderungen oder Absorptionsgrade für zwei

unterschiedliche Wellenlängenbereiche ins Verhältnis zueinander setzt und dieses Verhältnis mit einem gespeicherten Verhältniswert für einen bestimmten zu erkennenden Partikel vergleicht. Wenn die charakteristischen Wellenlängen untersucht werden, in denen charakteristische Minima und Maxima bei der Absorptionsrate auftreten, liegt das Verhältnis
5 der Werte zueinander bei den zu erfassenden Mikroorganismen innerhalb bestimmter Grenzwerte. Insbesondere kann durch unterschiedliche Grenzwerte auch eine Unterscheidung bestimmter Mikroorganismen voneinander möglich sein. Beispielsweise liegt das Verhältnis für
10 Bakterien üblicherweise im Bereich von 0 bis 1. Wenn das Verhältnis außerhalb dieser Werte liegt, kann ausgeschlossen werden, dass es sich nicht um ein Bakterium. Es muss sich um einen andersartigen Partikel handeln.

15 Erfindungsgemäß ist es darüber hinaus auch möglich, auf die Größe eines Partikels zu schließen. Dazu ist die Auswerteinrichtung bevorzugt so ausgebildet, dass sie die Größe eines Partikels auf Grundlage der erfassten Intensität bestimmt, bevorzugt indem ein erfasster Absorptionsgrad auf eine Grund-Intensität des Lichtstrahls ohne Partikel bezogen wird. Bei einem größeren Partikel ist eine höhere Absorption zu erwarten als bei einem kleinen Partikel. Durch den Bezug auf die Grundintensität wird die Erfassung unabhängig von der jeweiligen Grundintensität, sodass die Kalibrierung des Systems vereinfacht wird. Es müssen nicht
20 Absolutwerte miteinander verglichen werden, sondern stets nur Relativwerte und die Grundintensität hat keinen Einfluss auf die Qualität des Auswerteergebnisses. Da auch die Grundintensität im Laufe des Betriebs immer wieder erfasst werden kann, können somit auch Veränderungen des Sensorsystems das Messergebnis bzw. Auswerteergebnis im Wesentlichen nicht beeinflussen.

30

Das Sensorsystem ist bevorzugt derart ausgebildet, dass der Lichtstrahl hinter der Lichtquelle so fokussiert wird, dass sein Fokus im Inneren der

Messzelle gelegen ist, wobei der Lichtstrahl in seinem Fokusbereich vorzugsweise eine Querschnittsfläche aufweist, welche kleiner als das sechzigfache der Querschnittsfläche der zu erfassenden Partikel ist. Durch diese Fokussierung wird eine ausreichende Messgenauigkeit des Systems gewährleistet.

Weiter bevorzugt erfolgt die Fokussierung in der Weise, dass der Lichtstrahl in seinem Fokusbereich eine Querschnittsfläche aufweist, welche kleiner $500\text{ }\mu\text{m}^2$ ist, weiter bevorzugt kleiner als $100\text{ }\mu\text{m}^2$ oder $24\text{ }\mu\text{m}^2$.

10

Darüber hinaus ist es bevorzugt, dass sich die Querschnittsfläche des Lichtstrahl von dessen Fokusbereich zu dem Intensitätssensor um nicht mehr als 100 %, vorzugsweise um nicht mehr als 50 % aufweitet.

15 Im Strahlenverlauf des Lichtstrahles ist bevorzugt hinter der Lichtquelle und vor dem Eintritt in die Messzelle und/oder hinter der Messzelle und vor dem Intensitätssensor ein Kollimator und/oder eine Blende angeordnet. Durch diese Elemente kann eine ideale Strahlführung erreicht werden und der Strahl in der Messzelle so gebündelt bzw. so fokussiert werden, dass die gewünschte Messgenauigkeit zum Erfassen einzelner Partikel erzielt wird.

Die Lichtquelle kann so ausgebildet sein, dass sie ein Wellenlängenspektrum aussendet, welches alle der von dem Intensitätssensor zur Messung erfassbaren Wellenlängenbereiche abdeckt. So kann das ganze erforderliche Wellenlängenspektrum von ein und derselben Lichtquelle ausgesandt werden. Gemäß einer speziellen Ausführungsform ist jedoch vorgesehen, dass die Lichtquelle aus mehreren, vorzugsweise monochromatischen Einzellichtquellen mit unterschiedlichen Wellenlängen zusammengesetzt bzw. gebildet ist. Dies können z. B. LED sein. Durch diesen Aufbau lässt sich erreichen, dass gezielt spezielle Wellenlängen ausgesandt werden, welche für die erfindungsgemäße

25

30

Messung in den einzelnen Wellenlängenbereichen des Intensitätssensors erforderlich sind. Durch die Beschränkung auf diese speziellen Wellenlängenbereiche kann das Messergebnis verbessert werden. Die monochromatischen Einzel-Lichtquellen können so angeordnet werden, dass das von ihnen ausgesandte Licht über Lichtleiter in einem gemeinsamen Strahlengang zusammengeführt wird, welcher dann die Messzelle als ein Lichtstrahl durchtritt. So ist eine zeitgleiche Erfassung der Lichtabsorption in allen Wellenlängenbereichen möglich, wenn ein Partikel den so aus mehreren Einzellichtstrahlen zusammengesetzten Lichtstrahl in der Messzelle durchtritt.

Bevorzugt ist entsprechend der Intensitätssensor auch aus mehreren Einzel-Intensitätssensoren gebildet und weist einen Strahlteiler auf, welcher den aus der Messzelle austretenden Lichtstrahl in Teilstrahlen unterschiedlicher Wellenlängen zerlegt, welche jeweils einem der Einzel-Intensitätssensoren zugeleitet werden. Auf diese Weise ist eine einfache zeitgleiche Erfassung der Intensitäten in den verschiedenen Wellenlängenbereichen möglich. Bevorzugt können alle Einzel-Intensitätssensoren gleich aufgebaut sein, die Zuordnung des Wellenlängenspektrums erfolgt lediglich durch den Strahlteiler. Auf diese Weise kann ein kostengünstiger Aufbau des Sensorsystems erreicht werden.

Alternativ ist es auch möglich, einen Intensitätssensor vorzusehen, welcher die Intensität des eintreffenden Lichtes über ein größeres Wellenlängenspektrum erfasst und eine Zuordnung der erfassten Intensität zu einzelnen Wellenlängen ermöglicht. Diese Zuordnung kann z.B. dadurch erreicht werden, dass das Licht unterschiedlicher Wellenlängen über einen Strahlleiter wie z.B. ein Prisma auf unterschiedliche Bereiche der Sensoroberfläche gelenkt wird.

Ausgehend von der Lichtquelle wird der Lichtstrahl zu der Messzelle vorzugsweise durch einen Lichtleiter geführt. Insbesondere bei Verwen-

derung mehrerer Einzel-Lichtquellen können die Einzel-Lichtstrahlen von diesen Einzel-Lichtquellen über Lichtleiter zu der Messzelle geführt und dort in einen gemeinsamen Strahlengang zusammengeführt werden.

- 5 Nachfolgend wird die Erfindung anhand der beigefügten Figuren beispielhaft beschrieben. In diesen zeigt:

- | | | |
|----|--------|--|
| 10 | Fig. 1 | schematisch eine erste Ausführungsform gemäß der Erfindung, |
| | Fig. 2 | eine Detailansicht der Messzelle und des diese durchlaufenden Lichtstrahles gemäß Fig. 1, |
| 15 | Fig. 3 | schematisch eine zweite Ausführungsform der Erfindung, |
| | Fig. 4 | schematisch eine vergrößerte Ansicht der Messzelle der Ausführungsform gemäß Fig. 3, |
| 20 | Fig. 5 | schematisch die Absorptionskurven von DNA, Protein und Mikroben, welche zur Erkennung von Partikeln wie Mikroben verwendet werden, |
| 25 | Fig. 6 | schematisch die Absorptionskurven, wenn ein Partikel die Messzelle durchtritt, |
| | Fig. 7 | schematisch die Absorptionskurven, wenn ein Partikel die Messzelle durchtritt, welcher nicht als Mikrobe identifiziert wird, |
| 30 | Fig. 8 | schematisch den Intensitätsverlauf, wenn ein Partikel die Messzelle durchtritt, und |

Fig. 9 schematisch den Intensitätsverlauf, wenn ein Partikel die Messzelle durchtritt, welcher nicht als Mikrobe identifiziert wird.

5

Gemäß der ersten Ausführungsform, welche in Figur 1 gezeigt ist, ist eine Lichtquelle 2 vorgesehen. Diese erzeugt einen Lichtstrahl 4 mit einer Bandbreite unterschiedlicher Wellenlängen. Vorzugsweise deckt der Lichtstrahl 4 einen Wellenlängenbereich von zumindest 200 nm bis 1100 nm ab. Der Lichtstrahl 4, welcher aus der Lichtquelle 2 austritt, durchläuft nachfolgend eine Kollimatorlinse 6, welche einen parallel gebündelten Lichtstrahl erzeugt und anschließend eine Blende 8. Der aus der Blende 8 austretende Lichtstrahl wird durch eine Sammellinse 10 in einem Fokus 12 gebündelt. Der Fokus 12 ist im Inneren einer Messzelle 14 gelegen, welche von einem Fluid in Richtung des Pfeils S durchströmt wird. Das Fluid in der Messzelle kann einzelne Partikel 16 enthalten, welche mit der Strömung durch die Messzelle 14 hindurch fließt. Damit der Lichtstrahl ausgehend von der Sammellinse 10 in die Messzelle 14 eintreten und an der gegenüberliegenden Seite, wie nachfolgend beschrieben, austreten kann, sind die Wandungen der Messzelle 14 zumindest in den Ein- und Austrittsbereichen des Lichtstrahls 4 transparent ausgebildet. Ausgehend von dem Fokus 12 erweitert sich der Lichtstrahl 4 wieder und tritt an der der Eintrittsseite gegenüberliegenden Seite aus der Messzelle 14 aus. Dort erreicht er wiederum eine Kollimatorlinse 18, welche den Lichtstrahl wieder parallel ausrichtet, und durchläuft anschließend eine Blende 20.

Der aus der Blende 20 austretende Lichtstrahl trifft auf ein Prisma 22, welches als Strahlteiler bzw. Wellenlängenfilter fungiert. Das Prisma 22 lenkt den Lichtstrahl abhängig von seiner Wellenlänge in unterschiedlichen Winkeln ab und teilt so den Lichtstrahl in Lichtstrahlen 24 unterschiedlicher Wellenlängen auf. Die Lichtstrahlen unterschiedlicher Wel-

lenlängen treffen somit in unterschiedlichen Bereichen auf einen Intensitätssensor 26 auf. Der Intensitätssensor 26 hat eine Sensoroberfläche, welche eine Vielzahl von Messpunkten bzw. Messbereichen aufweist und so die Intensität des auftreffenden Lichtes an unterschiedlichen
5 Bereichen bestimmen kann. D. h. die Intensität des Lichts unterschiedlicher Wellenlängen, welches an unterschiedlichen Bereichen auf der Sensoroberfläche auftrifft, kann von dem Intensitätssensor 26 einzeln erfasst werden. Der Intensitätssensor 26 kann somit die Intensität einzelner Wellenlängenbereiche erfassen, da diese Wellenlängenbereiche
10 auf unterschiedliche Messpunkte bzw. Messbereiche an der Sensoroberfläche auftreffen.

Wenn nun ein Partikel 16 den Lichtstrahl 4, welcher in dem Fokus 12 innerhalb der Messzelle 14 gebündelt ist, durchtritt, kommt es zu einer Absorption des Lichtes in dem Partikel 16, wodurch sich die Intensität des
15 aus der Messzelle 14 austretenden Lichtes verringert. Dabei verringert sich die Intensität in unterschiedlichen Wellenbereich unterschiedlich, was durch die Aufspaltung der Wellenlängenbereiche in dem Prisma 12 und die Erfassung an unterschiedlichen Messbereichen des Intensitätssensors 26 erfasst werden kann. Die Absorptionsrate in bestimmten Wellenlängenbereichen ist charakteristisch für die Art der Partikel, sodass
20 hierüber die Art der vorhandenen Partikel bestimmt werden kann. Hierzu ist der Intensitätssensor 26 mit einer Auswerteeinrichtung 28 verbunden, welche die von dem Intensitätssensor 26 erzeugten, vorzugsweise elektrischen, die Intensität repräsentierenden Signale auswertet.
25

Fig. 2 zeigt im Detail, wie der Lichtstrahl 4 in die Messzelle 14 fokussiert wird. Die Sammellinse 10 hat eine Brennweite f und fokussiert den Lichtstrahl 4 in den Fokus 12. Der Fokus 12 ist dabei in der Mitte der Messzelle
30 14 in deren Breitenrichtung l gelegen. In Durchtrittsrichtung des Lichtstrahl hat die Messzelle 14 eine Breite l . Der Durchmesser des Lichtstrahls 4 im Fokus 12 hat den Durchmesser d . Ausgehend von dem Fokus 12

weitert der Lichtstrahl sich zur gegenüberliegenden Austrittswand der Messzelle 14, durch welche der Lichtstrahl aus der Messzelle 14 austritt, auf, sodass er dort einen Durchmesser d_1 aufweist. Anschließend trifft der Lichtstrahl 4 auf die Sammellinse 18. Die zu erfassenden Partikel 16
5 haben in der Regel eine Größe von wenigen μm und sind vorzugsweise Mikroben. Um einzelne Mikroben erfassen zu können, ist es wichtig, dass der Strahldurchmesser d im Inneren der Messzelle 14 nicht zu groß wird. Er muss im selben Größenbereich wie die zu erfassenden Partikel liegen, da sonst die zu messende Absorption zu gering wäre. Die Querschnitts-
10 fläche im Fokus 12 liegt vorzugsweise im Bereich einiger μm^2 . Der Durchmesser d im Fokus liegt bevorzugt bei ungefähr $1,22\lambda \times f/d_0$, wobei d_0 der Durchmesser des Lichtstrahles beim Austritt aus der Blende 8 ist und λ die Wellenlänge des Lichtes ist. Bei einem Durchmesser d_0 zwischen 1 mm und 2 mm und einer Brennweite f von ungefähr 30 mm kann bei
15 einer Messzellenbreite l von ungefähr 200 mm und einer Wellenlänge von ungefähr 0,3 μm ein Strahldurchmesser im Brennpunkt von ungefähr 8 μm und beim Austritt von ungefähr 10 bis 11 μm erreicht werden. Hieran ist zu erkennen, dass es möglich ist, den Strahl ausreichend klein zu fokussieren, um den Strahldurchmesser größenordnungsmäßig in den
20 Bereich der Größe der zu erfassenden Partikel 16 zu bringen, sodass deren Absorption an dem Intensitätssensor 26 deutlich messbar wird.

Fig. 3 zeigt eine zweite mögliche Ausführungsform der Erfindung, wobei bei dieser zweiten Ausführungsform gleiche Bauteile gemäß der voran-
25 gehenden Beschreibung mit gleichen Bezugsziffern gekennzeichnet sind. Bei dieser zweiten Ausführungsform ist die Lichtquelle aus drei monochromatischen Einzel-Lichtquellen 30a, 30 b und 30c ausgebildet. Das aus den Einzel-Lichtquellen austretende Licht wird über drei Lichtleiter 32 zu der Messzelle 14 geführt. Bei den monochromatischen Einzel-
30 Lichtquellen 30a, 30b und 30c kann es sich beispielsweise um Leuchtdioden mit unterschiedlicher Wellenlänge handeln. D.h. die drei monochromatischen Einzel-Lichtquellen senden Licht mit unterschiedlichen

Wellenlängen aus. Dabei sind die Wellenlängen so gewählt, dass sie den charakteristischen Bereichen entsprechen, welche hier zur Unterscheidung der Partikel zu untersuchen sind. Die Lichtleiter 32 münden in einen gemeinsamen Lichtleiter 34, welcher das Licht dann zu der Messzelle 14 leitet. Beim Austritt aus dem Lichtleiter 34 weitet sich der Lichtstrahl 36, wenn er die Messzelle 14 in deren Breitenrichtung I durchläuft, geringfügig auf. Der aus dem Lichtleiter 34 austretende Lichtstrahl 36 weitet sich jedoch beim Durchlaufen der Messzelle nur so geringfügig auf, dass hier auf einen Kollimator verzichtet werden kann. Gegenüberliegend zu dem Austritt aus dem Lichtleiter 34 ist in der Messzelle 14 eine kleine Öffnung bzw. Blende 38 ausgebildet, durch welche der Lichtstrahl aus der Messzelle 14 austritt. Nachfolgend tritt der Lichtstrahl durch einen Strahlteiler 40, beispielsweise in Form eines Prismas oder Beugungsgitters, welcher, wie anhand von Fig. 1 erläutert, den Lichtstrahl in Einzel-Lichtstrahle 42 unterschiedlicher Wellenlängen aufteilt. Die Einzel-Lichtstrahlen 42 werden unterschiedlich weit gebeugt bzw. gebrochen, sodass sie in unterschiedlichen Winkeln aus dem Strahlteiler 40 austreten und so getrennt voneinander Einzel-Intensitätssensoren 44 a, 44b und 44 c zugeführt werden können. Die Einzel-Intensitätssensoren 44 a, 44b und 44c erfassen die Lichtintensitäten bei den unterschiedlichen Wellenlängen, in dem ihnen einzeln die unterschiedlichen Wellenlängenbereiche zugeführt werden. Die Intensitätssensoren 44 sind ebenso wie bei dem ersten Ausführungsbeispiel mit einer Auswerteeinrichtung 28 verbunden, welche die Auswertung der erfassten Intensitäten in der Weise vornimmt, dass einzelne Partikel anhand der Absorptionsraten bei unterschiedlichen Wellenlängen identifiziert werden können.

Fig. 4 zeigt in einer Detailansicht den Durchtritt des Lichtstrahls 36 durch die Messzelle 14. Der Lichtleiter 34 endet an einer Wandung der Messzelle 14. Dort tritt der Lichtstrahl 36 aus dem Lichtleiter 34 aus und durchläuft die Messzelle in ihrer Breitenrichtung I bis zur gegenüberliegenden

Wandung. Dabei weitet der Lichtstrahl sich auf. Um ein definiertes Messvolumen zu erreichen, ist an der Austrittsseite der Messzelle in der Wandung eine Öffnung bzw. Blende 38 ausgebildet, durch welche der Lichtstrahl aus der Messzelle 14 austritt. So wird erreicht, dass für die

5 Messung bzw. Erfassung und Spezifikation von Partikeln 16 nur der durch die gestrichelten Linien in Fig. 4 begrenzte Bereich 46 des Lichtstrahls 36 verwendet wird. Es wird somit ein definiertes Messvolumen im Inneren der Messzelle 14 geschaffen. Auch bei dieser Ausführungsform liegt die Breite l der Messzelle vorzugsweise im Bereich von $200\text{ }\mu\text{m}$ bis $1000\text{ }\mu\text{m}$.

10 Der Durchmesser des Bereichs 46, d.h. des Messvolumens, der Durchmesser d_2 des aus der Blende 38 austretenden Strahls sowie der Durchmesser d_3 des Lichtleiters 34 liegen vorzugsweise im Bereich von $5\text{ }\mu\text{m}$ bis $20\text{ }\mu\text{m}$, d.h. in ähnlicher Größenordnung wie die zu erfassenden Partikel 16, sodass beim Durchtritt von Partikeln 16 durch den Bereich 46 erfass-

15 bare Intensitätsänderungen an den Sensoren 44 auftreten.

Es ist zu verstehen, dass bei der zweiten Ausführungsform anstatt der Einzel-Intensitätssensoren 44 auch ein Intensitätssensor 26, wie er anhand von Fig. 1 beschrieben wurde, Verwendung finden könnte. Altern-

20 nativ könnte auch bei der ersten Ausführungsform ein Intensitätssensor bestehend aus mehreren Einzel-Intensitätssensoren Verwendung finden.

Anhand von Fig. 5 wird die charakteristische Absorption von DNA, Protein und Mikroben erläutert. In dem Diagramm in Fig. 5 ist auf der X-

25 Achse die Wellenlänge aufgetragen und auf der Y-Achse die erfasste Absorption A . Im Diagramm sind drei Kurven 48, 50 und 52 eingezeichnet. Die Absorptionskurve 48 ist die Absorptionskurve von DNA, die Absorptionskurve 50 diejenige von Protein und die Absorptionskurve 52 ist die Absorptionskurve einer Mikrobe. Zur Bestimmung und Spezifikation

30 der Partikel 16 werden drei spezifische Wellenlängen λ_A , λ_B und λ_C betrachtet. Dabei ist zu erkennen, dass bei der Wellenlänge λ_A die Absorptionskurve 52 der Mikrobe ein lokales Minimum aufweist. Bei der Wellen-

länge λ_B weist die Absorptionskurve 52 ein lokales Maximum auf und bei der Wellenlänge λ_C ist im Wesentlichen keine Absorption feststellbar. Diese Verteilung der lokalen Maxima und Minima der Absorption bei unterschiedlichen Wellenlängen ist einzigartig für Mikroben, sodass einzelne Partikel von dem Sensorsystem erfasst und als Mikroben bzw. Bakterien spezifiziert werden können, indem lokale Minima und Maxima bei den genannten Wellenlängen λ_A , λ_B und λ_C ausgewertet werden. dazu erzeugt die Lichtquelle gemäß Fig. 1 vorzugsweise ein Wellenlängenspektrum, welches sowohl die Wellenlängen λ_A , λ_B als auch λ_C umfasst.

Bei der zweiten Ausführungsform werden entsprechend drei monochromatische Lichtquellen 30a, 30b und 30 c verwendet, von denen eine Licht mit der Wellenlänge λ_A , eine Licht mit der Wellenlänge λ_B und eine Licht mit der Wellenlänge λ_C aussendet. Entsprechend werden drei Intensitätssensoren 44a, 44b und 44c verwendet, um die Intensitäten bei den drei unterschiedlichen Wellenlängen auszuwerten. Die Wellenlängen λ_A , λ_B und λ_C werden in den Lichtstrahlen 42 voneinander getrennt, welche in unterschiedlichen Winkeln abgelenkt werden, sodass jeweils eine der genannten Wellenlängen auf einen der Einzelintensitätssensoren 44a, 44b und 44c auftrifft. Die Wellenlänge λ_A liegt vorzugsweise im Bereich zwischen 220 und 260 nm, die Wellenlänge λ_B im Bereich zwischen 240 und 290 nm und die Wellenlänge λ_C im Bereich zwischen 300 und 1100 nm.

Anhand der Fig. 6 und 7 wird nun noch einmal näher die Unterscheidung einer Mikrobe und eines andersartigen Partikel anhand der Auswertung der Absorption bei unterschiedlichen Wellenlängen erläutert. Fig. 6 zeigt übereinander zwei Diagramme. Auf der X-Achse ist der Verlauf der Zeit t aufgetragen. Im unteren Diagramm ist auf der Y-Achse die Intensität I, wie sie von dem Intensitätssensor 26 oder den Intensitätssensoren 24 erfasst wird, aufgetragen. Die drei waagerechten Kurven $I_{0,A}$, $I_{0,B}$ und $I_{0,C}$ sind die Hintergrund- bzw. Grundintensitäten bei den drei unterschiedlichen Wellenlängen λ_A , λ_B und λ_C (s. Fig. 5), wie sie von den

Intensitätssensoren 26 oder 44 gemessen werden, wenn keine Partikel 16 die Messzelle 14 durchfließen. Die drei zeitlichen Intensitätsverläufe $I_{0,A}(t)$, $I_{0,B}(t)$ und $I_{0,C}(t)$ zeigen die zeitlichen Intensitätsverläufe, welche bei den Wellenlängen λ_A , λ_B und λ_C gemessen werden, wenn Partikel 5 den Lichtstrahl in der Messzelle 14 durchtreten. Auf Grundlage dieser erfassten Intensitäten werden die Absorptionsraten $A_A(t)$, $A_B(t)$ und $A_C(t)$ bestimmt, wenn Partikel 16 durch den Strahlengang in der Messzelle 14 hindurchtreten. Diese Absorptionen werden nach folgenden Gleichungen bestimmt: $A_A(t) = I_{0,A} - I_A(t)$, $A_B(t) = I_{0,B} - I_B(t)$ und $A_C(t) = I_{0,C} - I_C(t)$.

10

In dem oberen Diagramm in Fig. 6 ist das zeitabhängige Verhältnis der Absorptionsraten A_A zu A_B , d.h. $A_A/A_B(t)$ über die Zeit t aufgetragen. D.h. auf der Y-Achse ist das Verhältnis der Absorptionsraten A_A/A_B aufgetragen. Anhand dieses Verhältnisses kann bestimmt werden, ob es 15 sich bei dem Partikel 16 und eine Mikrobe handelt. Wenn der Partikel 16 vollständig im Strahl gelegen ist, hat das Verhältnis A_A/A_B einen konstanten Wert 58 zwischen den Grenzwerten 54 und 56. Die Grenzwerte 54 und 56 liegen vorzugsweise bei 0,2 und 1. Um zu bestimmen, ob es sich tatsächlich um eine Mikrobe handelt, wird ferner noch die Intensitätskurve $I_C(t)$ bei der Wellenlänge λ_C berücksichtigt. Die Intensität $I_C(t)$ 20 liegt über den gesamten zeitlichen Verlauf in dem schraffierten Bereich 60, verringert sich also im Wesentlichen nicht, wenn ein Partikel 16 durch den Lichtstrahl trifft. Wie oben erläutert, ist es für Mikroben charakteristisch, dass sie oberhalb eines bestimmten Wellenlängenbereichs im Wesentlichen keine Absorption aufweisen. Insofern kann hieran zusammen 25 mit dem Verhältnis A_A/A_B zwischen den Grenzwerten 54 und 56 erkannt werden, dass es sich bei dem Partikel 16, welcher den Lichtstrahl durchtreten hat, um eine Mikrobe handelt.

30 Fig. 7 zeigt nun Diagramme entsprechend denen aus Fig. 6 für den Fall, dass ein anderer Partikel 16 als eine Mikrobe den Lichtstrahl durchtritt. Auch in diesem Fall hat das Absorptionsverhältnis $A_A/A_B(t)$ einen kon-

stanten Wert 58, wenn der Partikel 16 sich vollständig in dem Lichtstrahl in der Messzelle 14 befindet. Allerdings liegt dieser konstante Wert 58 außerhalb der Grenzwerte 54 und 56. D.h. hier gibt es nicht die erwarteten Maxima und Minima bei den Wellenlängen λ_A und λ_B , wie es für Mikroben charakteristisch ist, was anhand von Fig. 5 erläutert wurde. Dies führt zu dem größeren Absorptionsverhältnis A_A/A_B mit dem Wert 58. Darüber hinaus liegt auch hier die Intensität $I_C(t)$ außerhalb des Bereichs 60, was erkennen lässt, dass der Partikel keine Mikrobe ist, da Mikroben bei dem Wellenlängenbereich λ_C im Wesentlichen keine Absorption aufweisen, sodass es hier nicht zu einer Verringerung der Intensität kommen würde.

Anhand der Figuren 6 und 7 wurde die Unterscheidung einer Mikrobe von einem andersartigen Partikel auf Grundlage der Absorptionsrate erläutert. Wie oben beschrieben lässt sich die Absorptionsrate nicht immer allein aus der erfassten Intensitätsänderung bestimmen, da es auch noch zu einer Streuung des Lichtes kommen kann. In entsprechender Weise kann die Erkennung einer Mikrobe jedoch auch allein anhand der Intensitätsänderung, d. h. anhand der erfolgten Auslöschung, welche Absorption und Streuung beinhaltet, erfolgen. Auch ist eine Unterscheidung nur anhand von zwei unterschiedlichen Wellenlängen möglich. Dies wird beispielhaft anhand der Figuren 8 und 9 beschrieben. Im unteren Teil der Diagramme gemäß Figuren 8 und 9 ist wie auch in den Figuren 6 und 7 die Intensität I über der Zeit t aufgetragen.

Im unteren Diagramm von Figur 8 sind zwei Intensitätsverläufe I_D und I_E über die Zeit t aufgetragen. Dabei entsprechen die Intensitäten I_E und I_D Intensitäten bei zwei unterschiedlichen Wellenlängen λ_E und λ_D . Dabei liegt die Wellenlänge λ_D vorzugsweise unterhalb 300 nm und die Wellenlänge λ_E oberhalb 300 nm. Die Intensitätsverläufe $I_{0,E}$ und $I_{0,D}$, welche als Geraden in Figur 8 dargestellt sind, stellen die Intensitätsverläufe bei

den genannten Wellenlängen dar, wenn kein Partikel den Lichtstrahl durchtritt. Die Intensitätsverläufe I_E und I_D ergeben sich, wenn eine Mikrobe den Lichtstrahl durchtritt. Es ist zu erkennen, dass bei der Wellenlänge λ_D die Intensität I_D deutlich abnimmt, d. h. dass es in diesem Wellenlängenbereich zu einer starken Auslöschung beim Durchtritt der Mikrobe kommt. In dem zweiten Wellenlängenbereich λ_E kommt es jedoch nur zu einer geringen Intensitätsänderung, welche innerhalb eines Grenzwertebereiches 60 bleibt. Hieran ist eine Mikrobe zu erkennen. Im oberen Diagramm in Figur 8 ist die Auslöschung E über der Zeit t dargestellt. Die Auslöschungen bei den zwei unterschiedlichen Wellenlängen λ_E und λ_D ergeben sich als $E_D = I_{0,D} - I_D$ und $E_E = I_{0,E} - I_E$. Die obere Kurve in Figur 8 stellt das Verhältnis $E_D/E_E(t)$ dar. Dies ist die Kurve 62. Wenn der Partikel vollständig in den Lichtstrahl eingetreten ist, liegt dieser Wert 62 auf der Geraden 64 oberhalb eines Grenzwertes 66. Dieser ist beispielsweise 3. Dieses Verhältnis oberhalb des Grenzwertes 66 zeigt ebenfalls an, dass es sich um eine Mikrobe handelt.

Figur 9 zeigt nun Diagramme entsprechend denen von Figur 8 für den Fall, dass der Partikel, welcher den Lichtstrahl durchtritt, keine Mikrobe ist. Es ist zu erkennen, dass die Intensitätsänderung des Intensitätsverlaufes I_D deutlich geringer ist als in dem Fall, dass eine Mikrobe den Lichtstrahl durchtritt. Gleichzeitig verringert sich die Intensität I_E stärker, so dass die Kurve den Grenzwertebereich 60 verlässt. Auch hier werden die Auslöschungen E_E und E_D in der oben geschriebenen Weise gebildet und ins Verhältnis gesetzt, was als Kurve 62 im oberen Diagramm dargestellt ist. Hier ist zu erkennen, dass der Bereich, welcher als Gerade verläuft und den Durchtritt des Partikels durch den Lichtstrahl anzeigt, auf dem konstanten Wert 64' gelegen ist, welcher unterhalb des Grenzwertes 66 liegt. Dies zeigt an, dass hier keine Mikrobe den Lichtstrahl durchtritt, sondern ein andersartiger Partikel.

Diese anhand der Fig. 5 bis 9 beschriebene Auswertung wird in dem Sensorsystem von der Auswerteeinrichtung 28 anhand der Ausgangssignale der Intensitätssensoren 28 oder 44 durchgeführt.

Bezugszeichenliste

	2	-	Lichtquelle
5	4	-	Lichtstrahl
	6	-	Kollimatorlinse
	8	-	Blende
	10	-	Sammellinse
	12	-	Fokus
10	14	-	Messzelle
	16	-	Partikel
	18	-	Kollimatorlinse
	20	-	Blende
	22	-	Prisma
15	24	-	Lichtstrahl
	26	-	Intensitätssensor
	28	-	Auswerteeinrichtung
	30a, 30b,		
	30c	-	monochromatische Einzel-Lichtquellen
20	32, 34	-	Lichtleiter
	36	-	Lichtstrahl
	38	-	Blende
	40	-	Strahlteiler
	42	-	Lichtstrahlen
25	44a, 44b,		
	44c	-	Einzel-Intensitätssensoren
	46	-	Bereich des Lichtstrahls
	48, 50, 52	-	Absorptionskurven
	54, 56, 58	-	Werte des Absorptionsverhältnisses A_A / A_B
30	60	-	Grenzwertebereich für die Intensität I_E
	62	-	Verhältnis der Auslöschungen E_D / E_E
	64, 64'	-	Wert des Auslöschungsverhältnisses E_D / E_E

66	-	Grenzwert des Auslöschungsverhältnisses
f	-	Brennweite
l	-	Breite der Messzelle
5 d, d ₀ , d ₁ , d ₂ , d ₃	-	Strahldurchmesser
$\lambda_A, \lambda_B, \lambda_C, \lambda_D, \lambda_E$	-	Wellenlängen
I _A , I _B , I _C , I _D , I _E	-	Intensitäten bei unterschiedlichen Wellenlängen
10 A _A , A _B , A _C	-	Absorption bei unterschiedlichen Wellenlängen
E _D , E _E	-	Auslöschung bei unterschiedlichen Wellenlängen
t	-	Zeit
15 S	-	Strömungsrichtung

Ansprüche

1. Sensorsystem zum Erfassen und Spezifizieren von einzelnen Partikeln (16) in einem Fluid, gekennzeichnet durch
eine von dem Fluid durchströmbare Messzelle (14),
5 eine Lichtquelle (2; 30), welche an der Messzelle (14) angeordnet ist und einen die Messzelle (14) durchlaufenden Lichtstrahl (4; 36) erzeugt,
einen Intensitätssensor (26; 44), welcher an der Messzelle (14) derart gegenüberliegend zu der Lichtquelle (2; 30) angeordnet ist,
10 dass er den aus der Messzelle (14) austretenden Lichtstrahl erfasst, und zur separaten Erfassung der Intensität (I_A , I_B) des Lichtstrahls in zumindest zwei unterschiedlichen Wellenlängenbereichen (λ_A , λ_B) ausgebildet ist, sowie eine mit dem Intensitätssensor (26; 44) verbundene Auswerteeinrichtung (28), welche derart ausgebildet ist,
15 dass sie anhand der erfassten Intensitäten (I_A , I_B) in den zwei Wellenlängenbereichen (λ_A ; λ_B) die Art eines den Lichtstrahl passierenden Partikels (16) erkennt.
2. Sensorsystem nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, dass der Intensitätssensor (26; 44) derart ausgebildet ist, dass ein erster
20 Wellenlängenbereich (λ_A), in welchem die Intensität (I_A) separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich (λ_A) kleiner als 300 nm ist.
3. Sensorsystem nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, dass der Intensitätssensor (26; 44) derart ausgebildet ist, dass ein
25 erster Wellenlängenbereich (λ_A), in welchem die Intensität (I_A) separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich (λ_A) ist, in welchem die zu erfassenden Partikel (16) ein lokales Minimum in der Lichtabsorption A_A aufweisen, vorzugsweise eine Wellenlänge zwischen 220 und 260 nm.

4. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Intensitätssensor (26; 44) derart ausgebildet ist, dass ein zweiter Wellenlängenbereich (λ_B), in welchem die Intensität I_B separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich ist, in welchem die zu erfassenden Partikel (16) ein lokales Maximum in der Lichtabsorption A_B aufweisen, vorzugsweise eine Wellenlänge (λ_B) zwischen 240 und 290 nm.
5. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Intensitätssensor (26; 44) derart ausgebildet ist, dass ein dritter Wellenlängenbereich (λ_C), in welchem die Intensität I_C separat erfassbar ist, ein Wellenlängenbereich (λ_C) ist, in welchem die zu erfassenden Partikel (16) im Wesentlichen kein Licht absorbieren, vorzugsweise eine Wellenlänge (λ_C) zwischen 300 und 1100 nm.
6. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass, die Auswerteeinrichtung (28) derart ausgebildet ist, dass sie zur Bestimmung des Absorptionsgrades (A_A , A_B) für einen erfassten Wellenlängenbereich (λ_A) die aktuell erfasste Intensität (I_A , I_B) von einer zuvor erfassten oder gespeicherten Grund-Intensität ($I_{0,A}$; $I_{0,B}$; $I_{0,C}$) des Lichtstrahls ohne Partikel (16) subtrahiert.
7. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Auswerteeinrichtung (28) derart ausgebildet ist, dass sie die ermittelten Absorptionsgrade (A_A , A_B) für zwei unterschiedliche Wellenlängenbereiche (λ_A ; λ_B) ins Verhältnis zueinander setzt und dieses Verhältnis (58) mit einem gespeicherten Verhältniswert (54, 56) für einen bestimmten zu erkennenden Partikel (16) vergleicht.

8. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Auswerteeinrichtung (28) derart ausgebildet ist, dass sie die Größe eines Partikels (16) auf Grundlage der erfassten Intensität (I_A , I_B , I_C) bestimmt, bevorzugt indem ein erfasster Absorptionsgrad (A_A , A_B , A_C) auf eine Grund-Intensität ($I_{0,A}$; $I_{0,B}$; $I_{0,C}$) des Lichtstrahls ohne Partikel (16) bezogen wird.
9. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Lichtstrahl hinter der Lichtquelle (2) derart fokussiert wird, dass sein Fokus (12) im Inneren der Messzelle (14) gelegen ist, wobei der Lichtstrahl in seinem Fokusbereich (12) vorzugsweise eine Querschnittsfläche aufweist, welche kleiner als das 60fache der Querschnittsfläche der zu erfassenden Partikel (16) ist.
10. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Lichtstrahl in seinem Fokusbereich (12) eine Querschnittsfläche aufweist, welche kleiner als $500 \mu\text{m}^2$ ist, weiter bevorzugt kleiner als $100 \mu\text{m}^2$ oder $24 \mu\text{m}^2$.
11. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Querschnittsfläche des Lichtstrahls sich von dessen Fokusbereich (12) zu dem Intensitätssensor (26) um nicht mehr als 100 %, vorzugsweise um nicht mehr als 50 % aufweitet.
12. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass im Strahlenverlauf des Lichtstrahls hinter der Lichtquelle (2) und vor dem Eintritt in die Messzelle (14) und/oder hinter der Messzelle (14) und vor dem Intensitätssensor (26) ein Kollimator (6,18) und/oder eine Blende (8, 20) angeordnet ist.

13. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Lichtquelle aus mehreren, vorzugsweise monochromatischen Einzel-Lichtquellen (30a, 30b, 30c) mit unterschiedlichen Wellenlängen ($\lambda_A, \lambda_B; \lambda_C$) gebildet ist.
- 5 14. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Intensitätssensor aus mehreren Einzel-Intensitätssensoren (44a, 44b, 44c) gebildet ist und einen Strahlteiler (40) aufweist, welcher den aus der Messzelle (14) aus-
- 10 tretenden Lichtstrahl in Teilstrahlen (42) unterschiedlicher Wellenlänge ($\lambda_A, \lambda_B; \lambda_C$) zerlegt, welche jeweils einem der Einzel-Intensitätssensoren (44a, 44b, 44c) zugeleitet werden.
- 15 15. Sensorsystem nach einem der vorangehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass der Lichtstrahl von der Lichtquelle (30a, 30b, 30c) zu der Messzelle (14) durch einen Lichtleiter (32, 34) geführt wird.

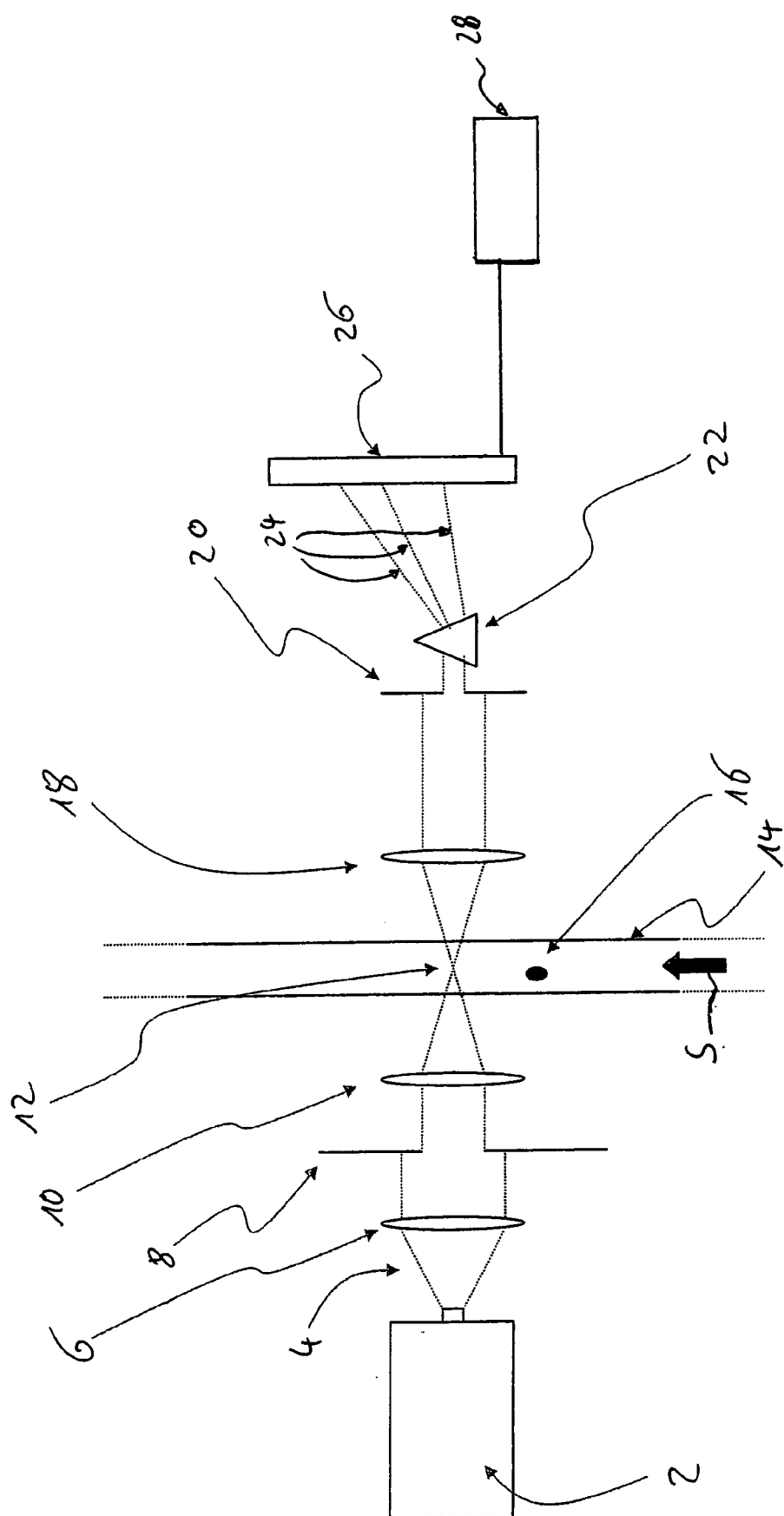
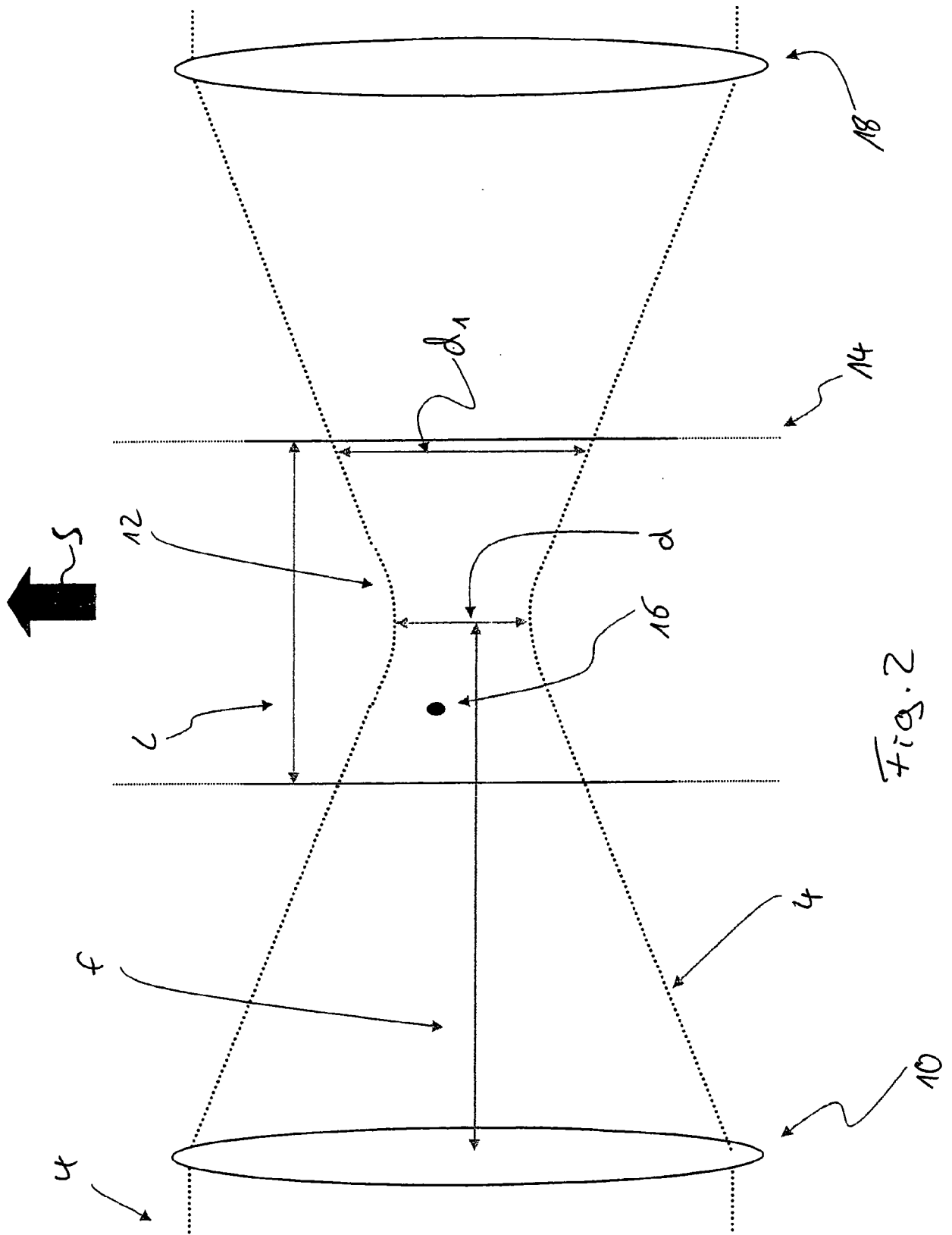


Fig. 1



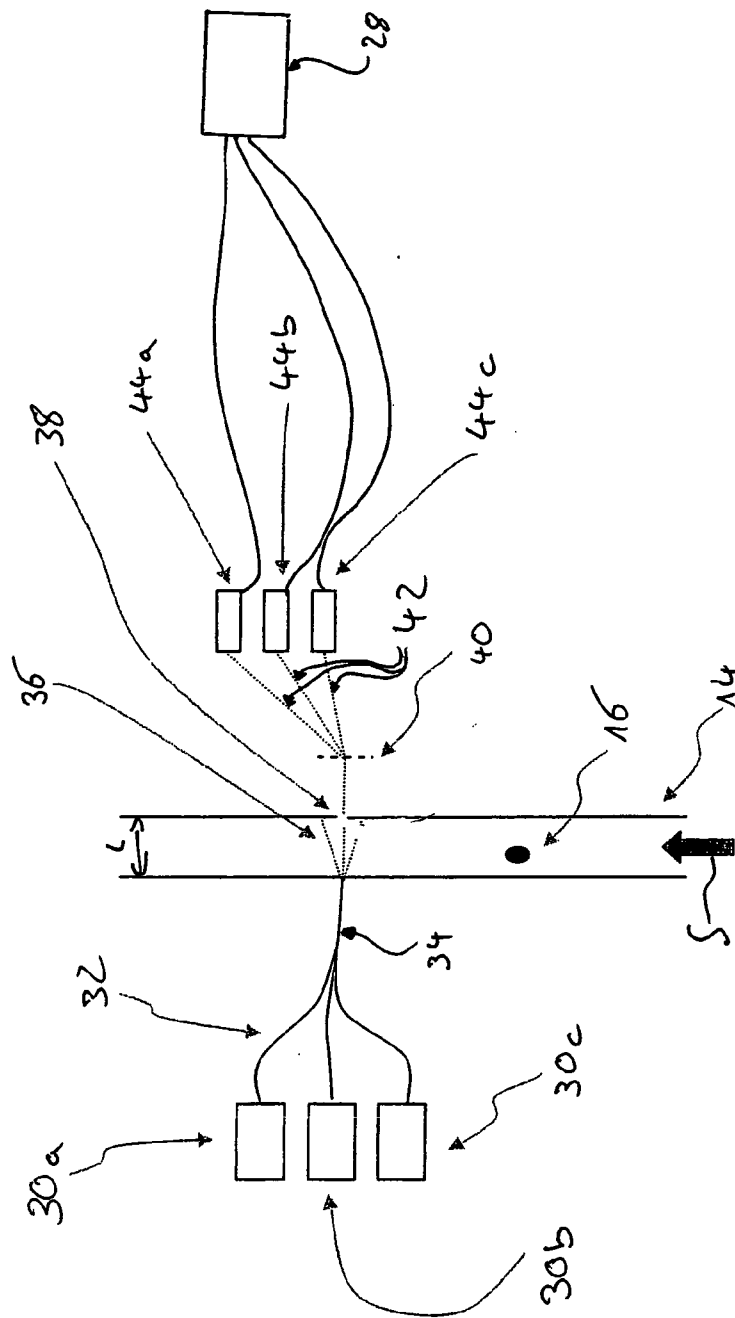


Fig. 3

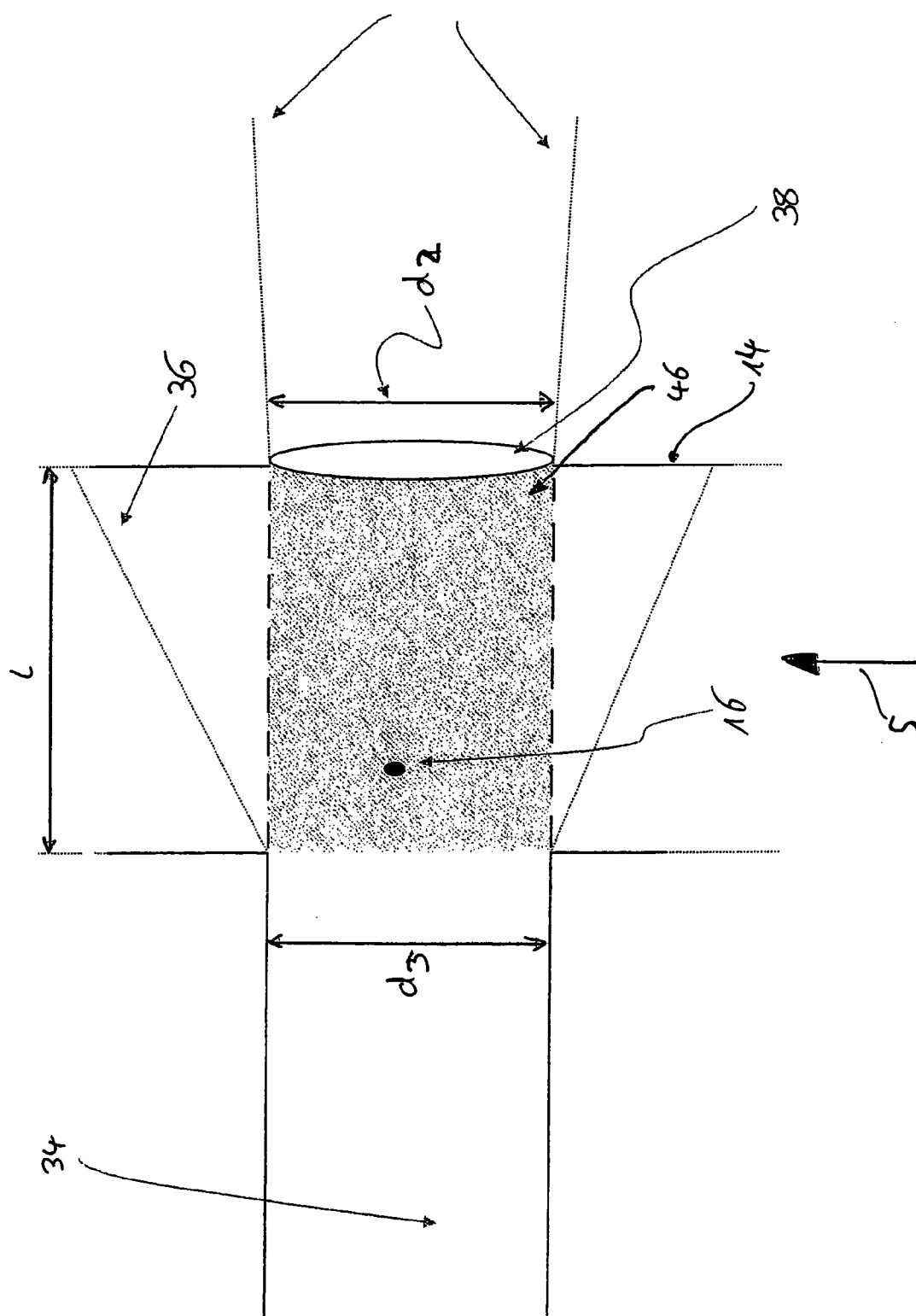


Fig. 4

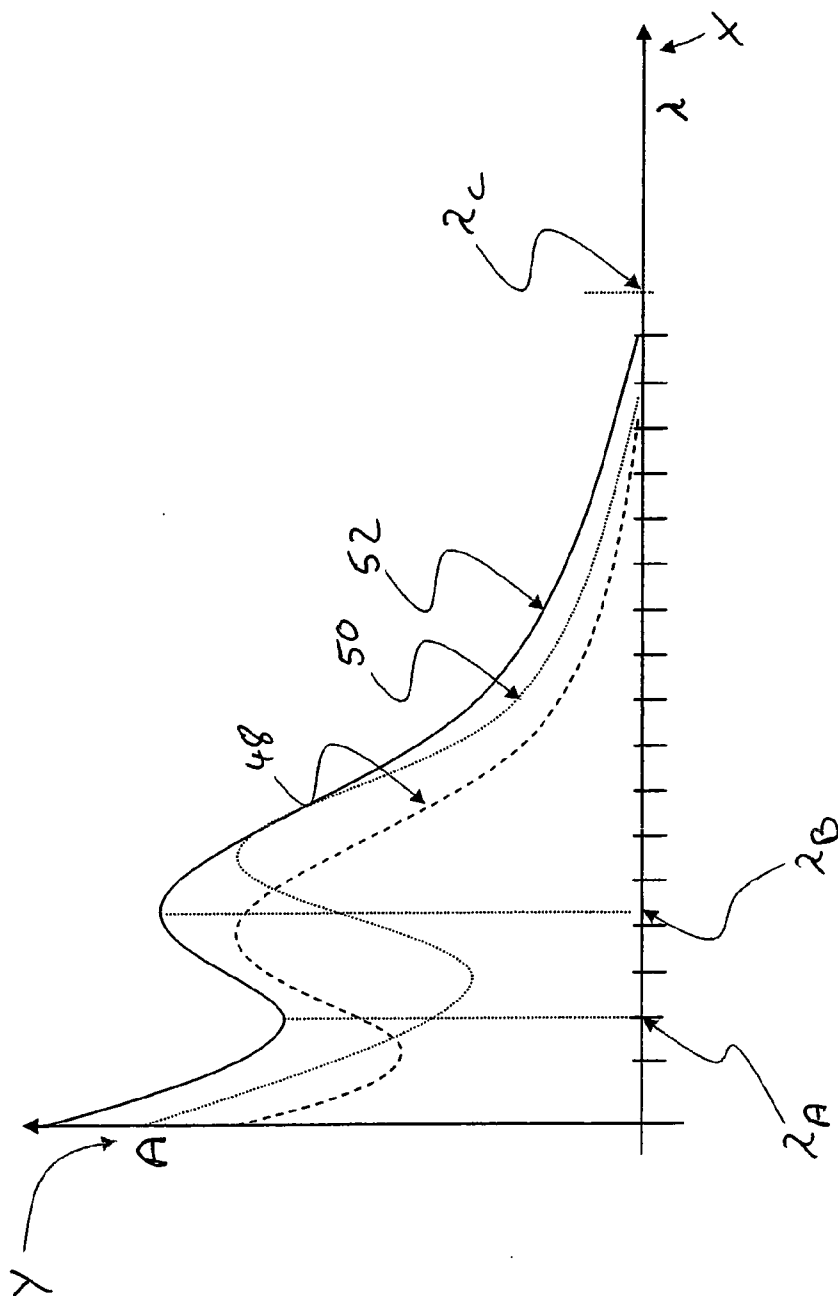


Fig. 5

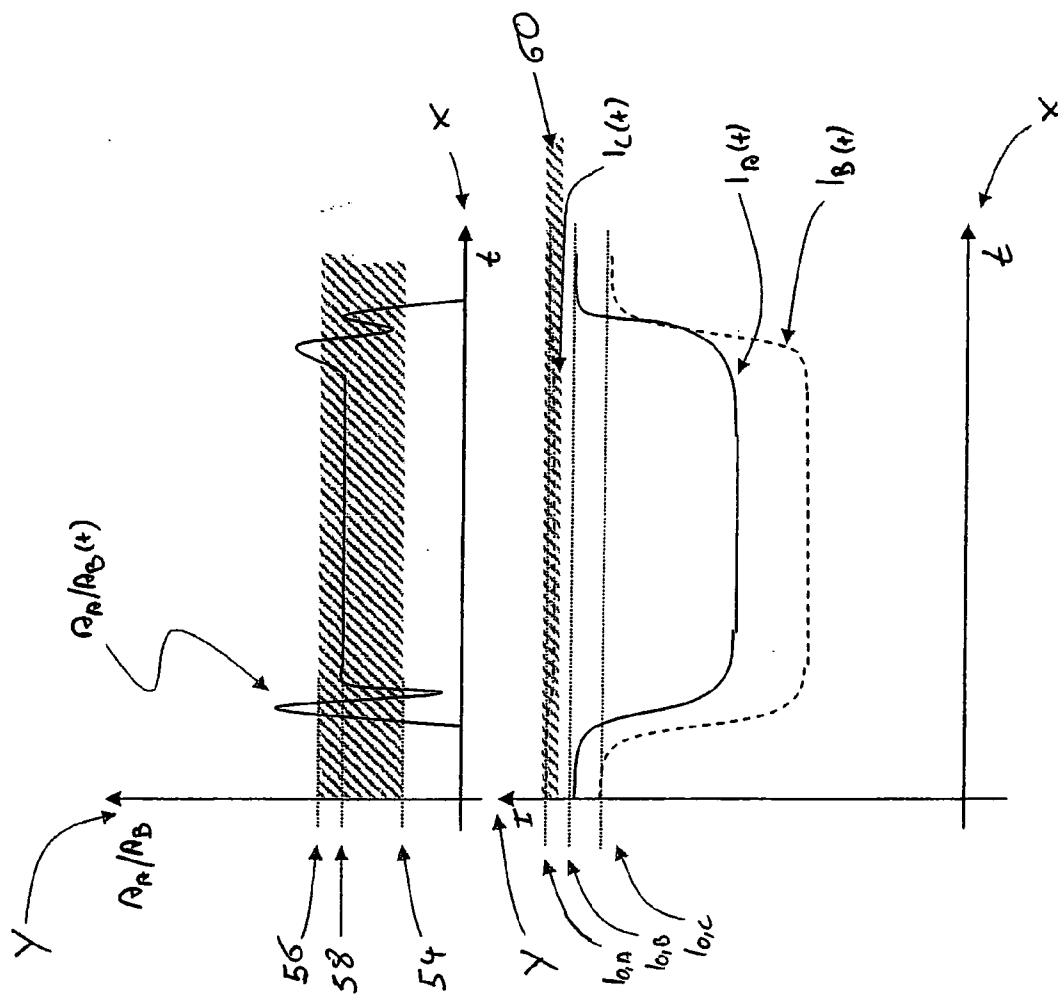


Fig. 6

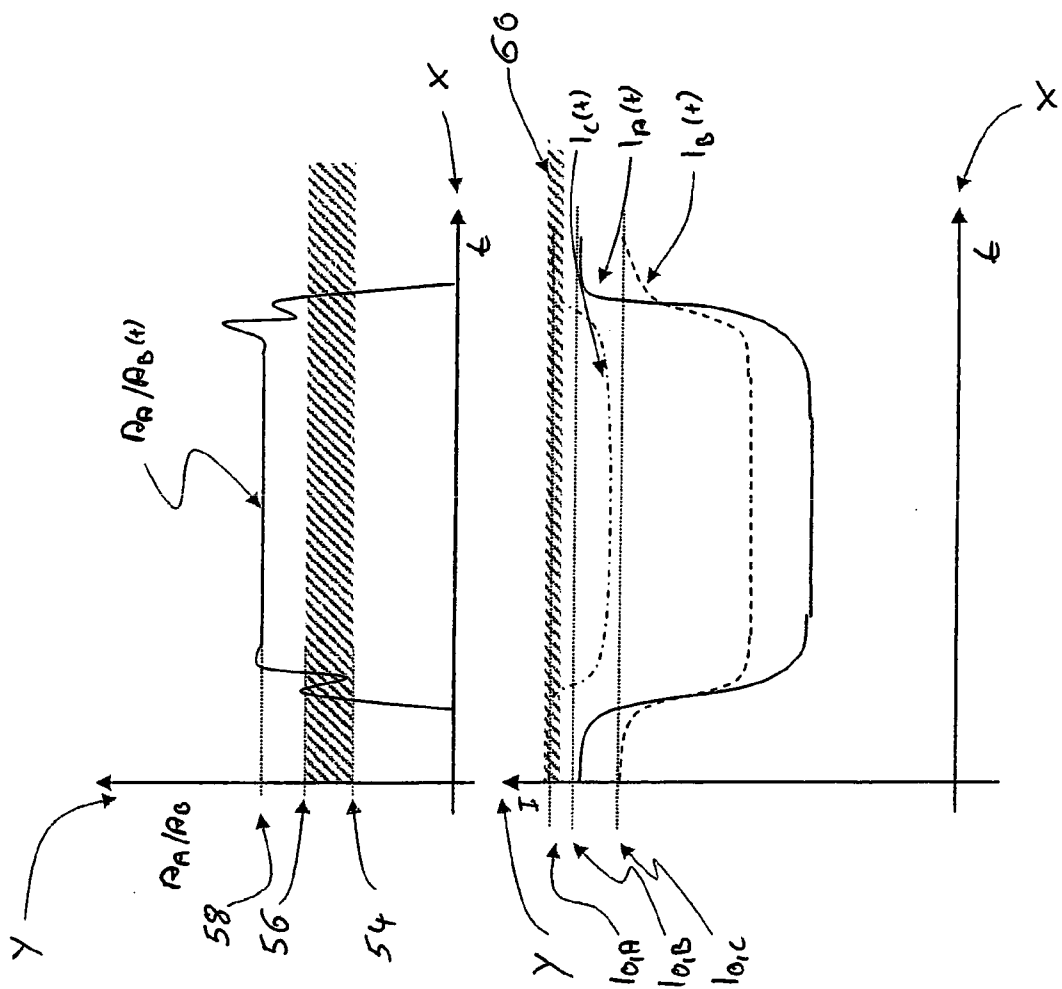


Fig. 7

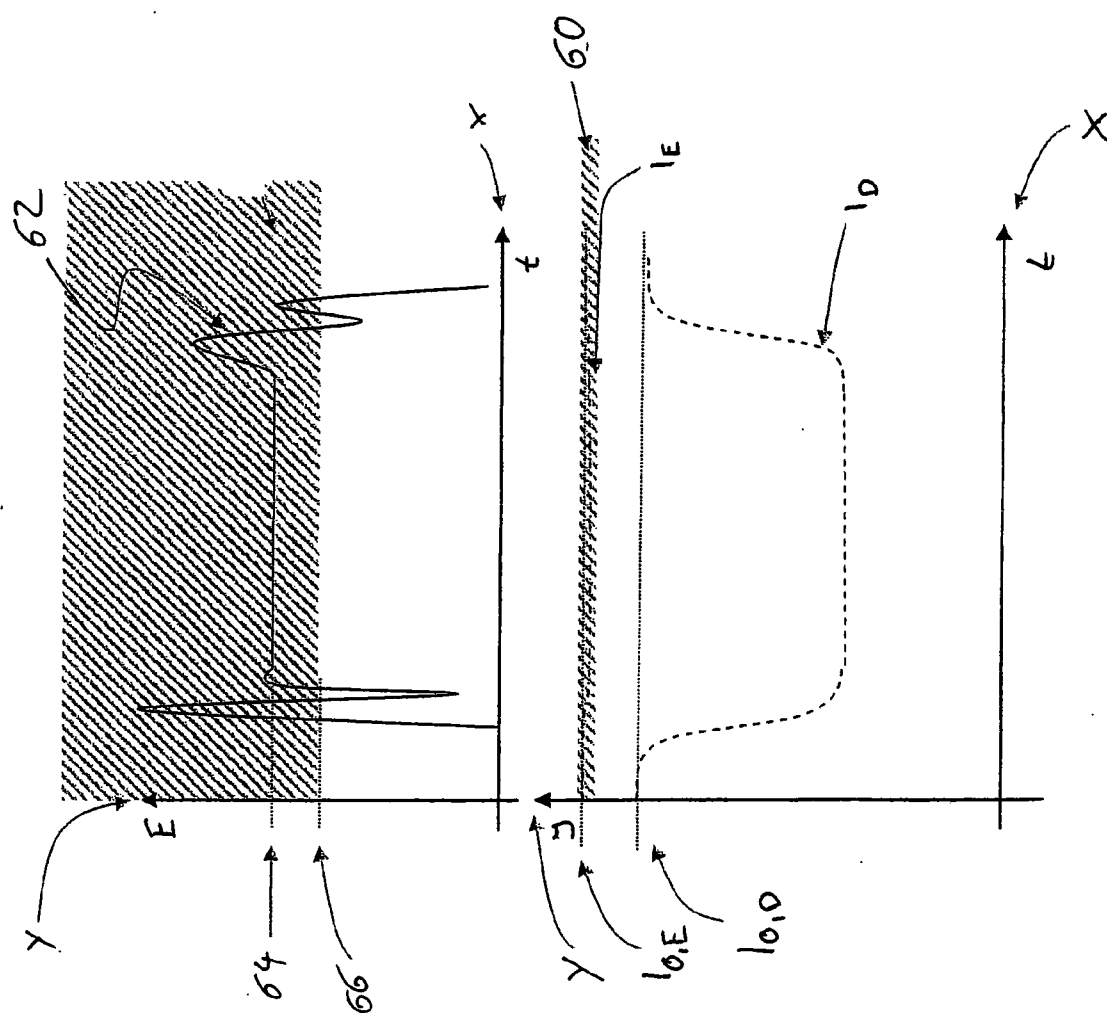


Fig. 8

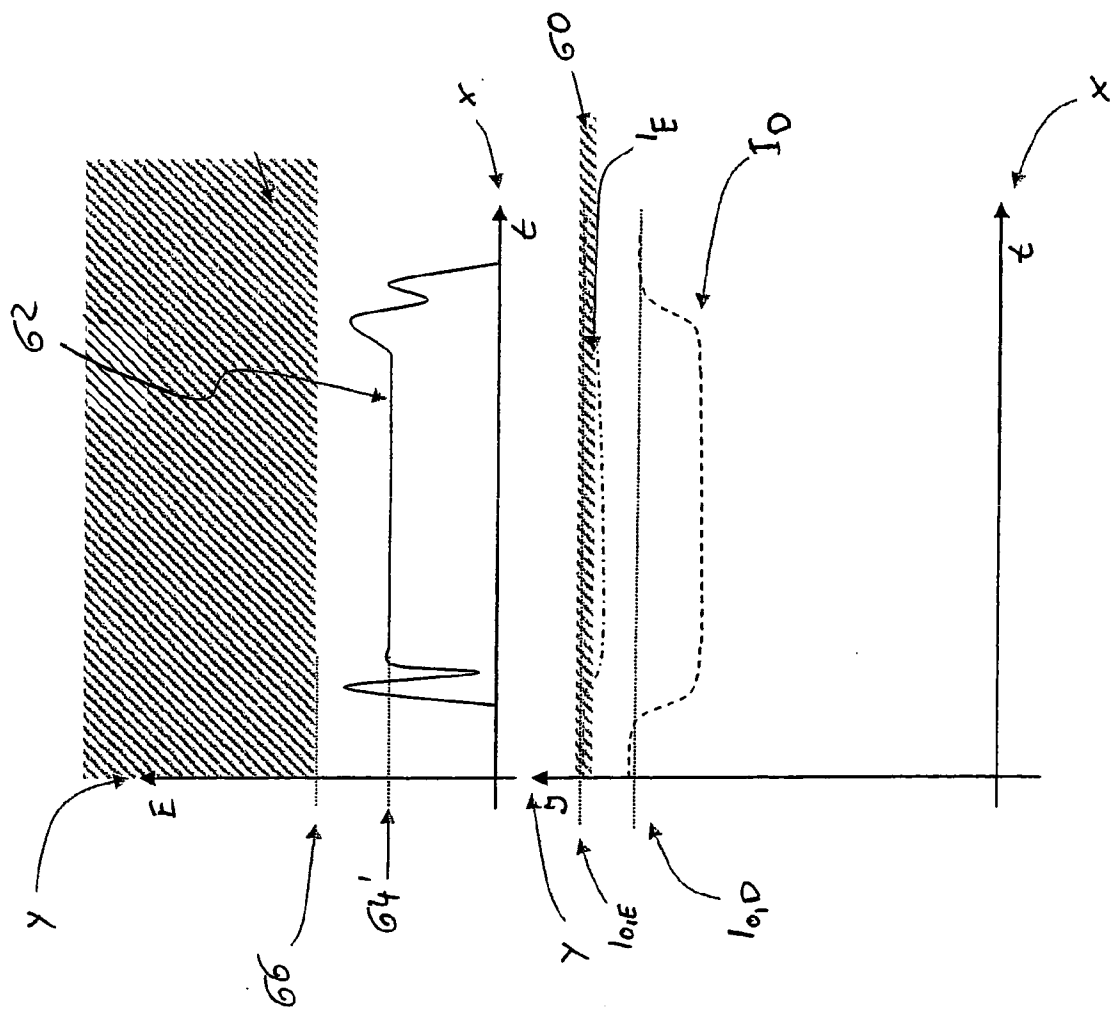


Fig. 9

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No

PCT/EP2009/008565

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER

INV. G01N G01N15/14 G01J3/427
ADD.

According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC

B. FIELDS SEARCHED

Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols)

G01N G01J C12Q

Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched

Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practical, search terms used)

EPO-Internal

C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
X	US 3 413 464 A (KAMENSKY LOUIS A) 26 November 1968 (1968-11-26)	1-12
Y	abstract column 2, line 46 - column 3, line 68 column 4, line 67 - column 7, line 54 figures 1-3	15
X	WO 2006/017811 A (COMPUCYTE CORP [US]; LUTHER EDGAR A [US]; MILLER BRUCE [US]) 16 February 2006 (2006-02-16) page 1, line 7 - page 1, line 9 page 4, line 8 - page 4, line 28 page 5, line 4 - page 5, line 20 page 5, line 28 - page 6, line 17 page 10, line 25 - page 12, line 6 page 12, line 27 - page 14, line 12 figures 2,3,6,8	1,6-8, 13,14

☒ Further documents are listed in the continuation of Box C.

☒ See patent family annex.

* Special categories of cited documents:

A document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance

E earlier document but published on or after the international filing date

L document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified)

O document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means

P document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed

T later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention

X document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone

Y document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art.

* & * document member of the same patent family

Date of the actual completion of the international search

29 March 2010

Date of mailing of the international search report

08/04/2010

Name and mailing address of the ISA/

European Patent Office, P.B. 5818 Patentlaan 2
NL - 2280 HV Rijswijk
Tel. (+31-70) 340-2040,
Fax: (+31-70) 340-3016

Authorized officer

Koch, Anette

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No

PCT/EP2009/008565

C(Continuation). DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
X	DE 44 38 833 A1 (BAYER AG [DE]) 2 May 1996 (1996-05-02) page 4, line 20 - page 4, line 36 page 4, line 61 - page 5, line 3 page 6, line 40 - page 7, line 8 figures 1-5	1-4
Y	US 2007/047868 A1 (BEAULIEU RENE [CA] ET AL) 1 March 2007 (2007-03-01) figure 1 paragraph [0004] paragraph [0006] - paragraph [0011] paragraph [0029] - paragraph [0030] paragraph [0032] - paragraph [0033]	15
A	US 5 082 771 A (DETTY MICHAEL R [US]) 21 January 1992 (1992-01-21) column 1, line 27 - column 1, line 38 column 2, line 6 - column 2, line 51 column 4, line 58 - column 6, line 12 figure 1	1
A	EP 0 713 086 A (CHEMUNEX [FR]) 22 May 1996 (1996-05-22) page 4, line 17 - page 4, line 48 page 5, line 1 - page 5, line 36 figures 3,7	1

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

Information on patent family members

International application No

PCT/EP2009/008565

Patent document cited in search report		Publication date	Patent family member(s)	Publication date
US 3413464	A	26-11-1968	BE 678974 A	16-09-1966
			CH 456198 A	15-05-1968
			DE 1598621 A1	25-02-1971
			GB 1080084 A	23-08-1967
			NL 6605547 A	31-10-1966
			SE 327576 B	24-08-1970
WO 2006017811	A	16-02-2006	CA 2576510 A1	16-02-2006
			EP 1779088 A2	02-05-2007
			JP 2008509400 T	27-03-2008
DE 4438833	A1	02-05-1996	AT 257246 T	15-01-2004
			EP 0714026 A2	29-05-1996
			ES 2214489 T3	16-09-2004
			JP 8228800 A	10-09-1996
			US 5723031 A	03-03-1998
US 2007047868	A1	01-03-2007	NONE	
US 5082771	A	21-01-1992	NONE	
EP 0713086	A	22-05-1996	DE 69417899 D1	20-05-1999
			DE 69417899 T2	04-11-1999
			JP 3700035 B2	28-09-2005
			JP 8304288 A	22-11-1996
			US 5751839 A	12-05-1998

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Internationales Aktenzeichen

PCT/EP2009/008565

A. KLASSIFIZIERUNG DES ANMELDUNGSGEGENSTANDES
INV. G01N G01N15/14 G01J3/427
ADD.

Nach der Internationalen Patentklassifikation (IPC) oder nach der nationalen Klassifikation und der IPC

B. RECHERCHIERTE GEBIETE

Recherchierte Mindestprüfstoff (Klassifikationssystem und Klassifikationssymbole)

G01N G01J C12Q

Recherchierte, aber nicht zum Mindestprüfstoff gehörende Veröffentlichungen, soweit diese unter die recherchierten Gebiete fallen

Während der internationalen Recherche konsultierte elektronische Datenbank (Name der Datenbank und evtl. verwendete Suchbegriffe)

EPO-Internal

C. ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN

Kategorie*	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht kommenden Teile	Betr. Anspruch Nr.
X	US 3 413 464 A (KAMENSKY LOUIS A) 26. November 1968 (1968-11-26)	1-12
Y	Zusammenfassung Spalte 2, Zeile 46 - Spalte 3, Zeile 68 Spalte 4, Zeile 67 - Spalte 7, Zeile 54 Abbildungen 1-3	15
X	WO 2006/017811 A (COMPUCYTE CORP [US]; LUTHER EDGAR A [US]; MILLER BRUCE [US]) 16. Februar 2006 (2006-02-16) Seite 1, Zeile 7 - Seite 1, Zeile 9 Seite 4, Zeile 8 - Seite 4, Zeile 28 Seite 5, Zeile 4 - Seite 5, Zeile 20 Seite 5, Zeile 28 - Seite 6, Zeile 17 Seite 10, Zeile 25 - Seite 12, Zeile 6 Seite 12, Zeile 27 - Seite 14, Zeile 12 Abbildungen 2,3,6,8	1,6-8, 13,14
	----- -/--	



Weitere Veröffentlichungen sind der Fortsetzung von Feld C zu entnehmen



Siehe Anhang Patentfamilie

* Besondere Kategorien von angegebenen Veröffentlichungen :

A Veröffentlichung, die den allgemeinen Stand der Technik definiert, aber nicht als besonders bedeutsam anzusehen ist

E älteres Dokument, das jedoch erst am oder nach dem internationalen Anmeldedatum veröffentlicht worden ist

L Veröffentlichung, die geeignet ist, einen Prioritätsanspruch zweifelhaft erscheinen zu lassen, oder durch die das Veröffentlichungsdatum einer anderen im Recherchenbericht genannten Veröffentlichung belegt werden soll oder die aus einem anderen besonderen Grund angegeben ist (wie ausgeführt)

O Veröffentlichung, die sich auf eine mündliche Offenbarung, eine Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht

P Veröffentlichung, die vor dem internationalen Anmeldedatum, aber nach dem beanspruchten Prioritätsdatum veröffentlicht worden ist

T Spätere Veröffentlichung, die nach dem internationalen Anmeldedatum oder dem Prioritätsdatum veröffentlicht worden ist und mit der Anmeldung nicht kollidiert, sondern nur zum Verständnis des der Erfindung zugrundeliegenden Prinzips oder der ihr zugrundeliegenden Theorie angegeben ist

X Veröffentlichung von besonderer Bedeutung; die beanspruchte Erfindung kann allein aufgrund dieser Veröffentlichung nicht als neu oder auf erfinderischer Tätigkeit beruhend betrachtet werden

Y Veröffentlichung von besonderer Bedeutung; die beanspruchte Erfindung kann nicht als auf erfinderischer Tätigkeit beruhend betrachtet werden, wenn die Veröffentlichung mit einer oder mehreren anderen Veröffentlichungen dieser Kategorie in Verbindung gebracht wird und diese Verbindung für einen Fachmann naheliegend ist

Z Veröffentlichung, die Mitglied derselben Patentfamilie ist

Datum des Abschlusses der internationalen Recherche

29. März 2010

Absenddatum des internationalen Recherchenberichts

08/04/2010

Name und Postanschrift der Internationalen Recherchenbehörde
Europäisches Patentamt, P.B. 5818 Patentlaan 2
NL - 2280 HV Rijswijk
Tel. (+31-70) 340-2040,
Fax: (+31-70) 340-3016

Bevollmächtigter Bediensteter

Koch, Anette

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Internationales Aktenzeichen

PCT/EP2009/008565

C. (Fortsetzung) ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN

Kategorie*	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht kommenden Teile	Betr. Anspruch Nr.
X	DE 44 38 833 A1 (BAYER AG [DE]) 2. Mai 1996 (1996-05-02) Seite 4, Zeile 20 - Seite 4, Zeile 36 Seite 4, Zeile 61 - Seite 5, Zeile 3 Seite 6, Zeile 40 - Seite 7, Zeile 8 Abbildungen 1-5	1-4
Y	US 2007/047868 A1 (BEAULIEU RENE [CA] ET AL) 1. März 2007 (2007-03-01) Abbildung 1 Absatz [0004] Absatz [0006] - Absatz [0011] Absatz [0029] - Absatz [0030] Absatz [0032] - Absatz [0033]	15
A	US 5 082 771 A (DETTY MICHAEL R [US]) 21. Januar 1992 (1992-01-21) Spalte 1, Zeile 27 - Spalte 1, Zeile 38 Spalte 2, Zeile 6 - Spalte 2, Zeile 51 Spalte 4, Zeile 58 - Spalte 6, Zeile 12 Abbildung 1	1
A	EP 0 713 086 A (CHEMUNEX [FR]) 22. Mai 1996 (1996-05-22) Seite 4, Zeile 17 - Seite 4, Zeile 48 Seite 5, Zeile 1 - Seite 5, Zeile 36 Abbildungen 3,7	1

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Angaben zu Veröffentlichungen, die zur selben Patentfamilie gehören

Internationales Aktenzeichen

PCT/EP2009/008565

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
US 3413464	A	26-11-1968	BE 678974 A 16-09-1966
			CH 456198 A 15-05-1968
			DE 1598621 A1 25-02-1971
			GB 1080084 A 23-08-1967
			NL 6605547 A 31-10-1966
			SE 327576 B 24-08-1970
WO 2006017811	A	16-02-2006	CA 2576510 A1 16-02-2006
			EP 1779088 A2 02-05-2007
			JP 2008509400 T 27-03-2008
DE 4438833	A1	02-05-1996	AT 257246 T 15-01-2004
			EP 0714026 A2 29-05-1996
			ES 2214489 T3 16-09-2004
			JP 8228800 A 10-09-1996
			US 5723031 A 03-03-1998
US 2007047868	A1	01-03-2007	KEINE
US 5082771	A	21-01-1992	KEINE
EP 0713086	A	22-05-1996	DE 69417899 D1 20-05-1999
			DE 69417899 T2 04-11-1999
			JP 3700035 B2 28-09-2005
			JP 8304288 A 22-11-1996
			US 5751839 A 12-05-1998