

(19)



Deutsches
Patent- und Markenamt



(10) **DE 10 2010 051 740 A1** 2012.05.24

(12)

Offenlegungsschrift

(21) Aktenzeichen: **10 2010 051 740.2**

(22) Anmeldetag: **19.11.2010**

(43) Offenlegungstag: **24.05.2012**

(51) Int Cl.: **A61B 17/221 (2006.01)**

(71) Anmelder:

Phenox GmbH, 44801, Bochum, DE

(72) Erfinder:

Erfinder wird später genannt werden

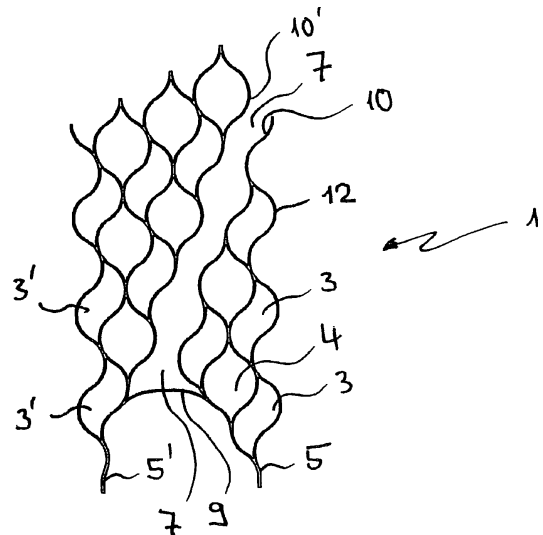
(74) Vertreter:

**Schneiders & Behrendt Rechts- und
Patentanwälte, 44787, Bochum, DE**

Die folgenden Angaben sind den vom Anmelder eingereichten Unterlagen entnommen

(54) Bezeichnung: **Thrombektomievorrichtung**

(57) Zusammenfassung: Die Erfindung betrifft eine Thrombektomievorrichtung mit einer im Wesentlichen zylindrischen Stentstruktur (1), die eine Vielzahl von Maschen (3, 4) aufweist sowie zwei Verbinder (5, 5'), die an verschiedenen Maschen (3) am proximalen Ende der Stentstruktur (1) angeordnet sind und einem Führungsdraht (2), der ein Kopplungselement (11) aufweist, an das die Verbinder (5, 5') angekoppelt sind sowie einem Schlitz (7), der sich wendelförmig über die Mantelfläche (8) der Stentstruktur (1) erstreckt und einem Spannbügel (9) der am proximalen Ende den Schlitz (7) überspannt.



Beschreibung

[0001] Die Erfindung betrifft eine Thrombektomievorrichtung mit einer im Wesentlichen zylindrischen Stentstruktur, die eine Vielzahl von Maschen aufweist sowie zwei Verbinder, die an verschiedenen Maschen am proximalen Ende der Stentstruktur angeordnet sind und einem Führungsdraht, der ein Koppelungselement aufweist, an das die Verbinder angekoppelt sind. Die Thrombektomievorrichtung ist insbesondere dafür bestimmt, Thromben im zerebralen Bereich, wie sie häufig bei Schlaganfällen zu finden sind, für den Patienten schonend und zuverlässig zu entfernen.

[0002] Thromboembolische Erkrankungen wie Herzinfarkt, Lungenembolie, periphere Thrombose, Organembolien, etc. werden typischerweise durch einen Thromboembolus (im Folgenden kurz: Thrombus), also einem viskoelastischen Blutklumpen aus Blutplättchen, Fibrinogen, Gerinnungsfaktoren etc., ausgelöst, der sich in einem Blutgefäß festgesetzt hat und diese ganz oder teilweise verschließt. Der Verschluss von Organarterien führt dabei zu einer Unterbrechung der Versorgung des abhängigen Gewebes mit Sauerstoff und Nährstoffen. Der Störung des Funktionsstoffwechsels mit Funktionsverlust folgt innerhalb kurzer Zeit das Erliegen des Strukturstoffwechsels mit dem Untergang des betroffenen Gewebes (Infarkt). Die häufigsten hiervon beim Menschen betroffenen Organe sind das Herz und das Gehirn. Solche Veränderungen betreffen aber auch die Extremitätenarterien und die Lungenarterien. Venöse Thrombosen und thromboembolische Verschlüsse kommen auch gehäuft in den Bein- und Beckenvenen vor. Das Krankheitsbild eines thrombotischen Verschlusses eines intrakraniellen Sinus kann durch die Störung der venösen Drainage des Hirngewebes zu schweren Hirnblutungen führen.

[0003] Angesichts der Schwere der durch Thromboembolien ausgelösten Krankheitsbilder und der Häufigkeit dieser Erkrankungen sind verschiedene Techniken zur Auflösung oder Entfernung von Thromben bekannt.

[0004] So ist es bekannt, solche Patienten mit thrombolytischen Mitteln wie Streptokinase oder Urokinase oder mit Antikoagulantien zu behandeln, was der Thrombolysen oder der Eindämmung des Thrombenwachstums dient. Da diese Behandlungsmethoden meist zeitintensiv sind, werden sie oftmals mit Methoden kombiniert, die der medizinischen Zerkleinerung oder Entfernung des Thrombus bzw. Embolus dienen.

[0005] Neben offenen chirurgischen Eingriffen kommen im Stand der Technik zunehmend transluminale bzw. endovaskuläre Katheter-geführte interventionelle Therapieformen zum Einsatz, da diese we-

niger invasiv sind. So ist es bekannt, den Thrombus mittels Unterdruck erzeugenden Saugkathetern oder mechanisch mit Kathetern, welche mit Fangkörben, Wendeln, Haken oder dergleichen versehen sind, aus dem Körper des Patienten zu entfernen, siehe US 6,245,089 B1; US 5,171,233 A1, Thomas E. Meier et al., Stroke 2002 (9) 2232.

[0006] Der Nachteil thrombolytischer Behandlungsmethoden liegt darin, dass sie nach Ablauf des Zeitfensters nur noch selten Erfolg haben. Auch die bekannten transluminalen Vorrichtungen können einen Thrombus häufig nicht vollständig entfernen, wobei auch die Gefahr besteht, dass der Thrombus oder Fragmente davon freikommen und im Blutstrom zu kleinlumigeren Gefäßen verfrachtet werden, wo sie schwerer zu erreichen und zu behandeln sind. Des Weiteren eignen sich die im Stand der Technik bekannten Vorrichtungen aufgrund ihrer Dimensionen und/oder geringen Flexibilität nur ungenügend zur Entfernung von Thromben aus besonders kleinlumigen oder stark gewundenen Gefäßen, wie denen des Gehirns.

[0007] Aus der WO 2004/008991 A1 ist ein medizinisches Implantat in Form eines offenen Stents bekannt, das zur Behandlung von Aneurysmen und anderen vaskulären Fehlbildungen bestimmt ist. Dieses Implantat wird mit Hilfe eines Führungsdrahts zum Einsatzort geführt und dort abgelöst. Es wurde vorgeschlagen, diese Kombination aus Implantat und Führungsdraht zur Extraktion von Thromben einzusetzen, wobei naturgemäß die Ablösung des Implantatteils vom Führungsdraht unterbleibt. Nachteil dieser Konstruktion aus Implantat und Führungsdraht ist allerdings eine relativ geringe Spann- oder Federkraft. Das Konstrukt entfaltet eine nicht immer ausreichende Scherwirkung auf den in der Gefäßwandung sitzenden Thrombus, so dass Reste im Gefäß verbleiben. Die Anbindung an den Führungsdraht über eine sich verjüngende Struktur (Träne) führt insbesondere zu einer Verschlingung des proximalen Bereichs der Struktur unter Zug, die der Effizienz des Konstrukts entgegensteht.

[0008] Angesichts der mit dem Stand der Technik verbundenen Nachteile besteht die Aufgabe der Erfindung in der Bereitstellung einer Vorrichtung zur Entfernung von Fremdkörpern und Thromben aus Blutgefäßen, welche insbesondere die Entfernung von Thromben aus kleinlumigen Gefäßen erlaubt und dabei über eine gute Manövrierfähigkeit in stark gewundenen Gefäßen aufweist und über eine große Wirkfläche verfügt.

[0009] Diese Aufgabe wird erfindungsgemäß mit einer Vorrichtung der eingangs genannten Art gelöst, die über einen sich wendelförmig über die Mantelfläche der Stentstruktur erstreckenden Schlitz verfügt,

für welchen am proximalen Ende der Stentstruktur von einem Spannbügel überspannt ist.

[0010] Die erfindungsgemäße Vorrichtung besteht aus einer zylindrischen Struktur, wie sie auch Stents aufweisen, mit einer Vielzahl von Maschen. Sie ist über zwei Verbinder mit einem Führungsdraht verbunden, der die präzise Platzierung erlaubt. Die Verbinder sind am proximalen Ende in einer Maschenstruktur angeordnet und enden in einem Kopplungselement, das seinerseits das distale Ende des Führungsdrahts darstellt.

[0011] Der hier gebrauchte Begriff „proximal“ bezeichnet die zum behandelnden Arzt weisende Seite, „distal“ dagegen die vom Arzt wegweisende Seite, beispielsweise der Stentstruktur oder des Führungsdrahts.

[0012] Die Maschenstruktur des Stents kann eine geflochtene Struktur sein, d. h. aus einzelnen Drähten bestehen, ist aber vorzugsweise eine geschnittene Struktur, bei der aus einem Rohr geeigneten Durchmessers mit Hilfe eines Lasers die Maschenstruktur herausgeschnitten wird. Das Material ist in der Regel ein Metall, kann aber auch ein Kunststoff sein. Es muss über eine hinreichende Elastizität verfügen, die eine Kontraktion auf den Durchmesser eines üblichen Katheters erlaubt und andererseits bei der Freisetzung aus dem Katheter die Expansion auf den gewünschten und vorgegebenen Durchmesser.

[0013] Als Stentmaterialien kommen neben Eisenlegierungen (Edelstahl, Federstahl) und Kobalt-Chrom-Legierungen insbesondere Formgedächtnislegierungen in Frage, etwa binäre Nickel-Titan-Legierungen (Nitinol) und ternäre Nickel-Titan-Chrom-Legierungen (Chrom-dotierte Legierungen). Insbesondere Nitinol ist für die Anwendung in selbstexpandierenden Stentstrukturen im neurovaskulären Bereich bekannt.

[0014] Die erfindungsgemäße Vorrichtung ist im Prinzip eine flächige Struktur, die zu einem rohrförmigen Gebilde gerollt ist und einen Schlitz aufweist, der sich wendel- oder helixförmig über die Mantelfläche der Stentstruktur erstreckt. Dieser Schlitz kann dabei eine vollständige Wendel von 360° darstellen, aber auch eine nur partielle von beispielsweise etwa 180° oder 120°. Die Mantelfläche der Stentstruktur klafft im Bereich dieses Schlitzes auf, wobei die Breite des Schlitzes am Einsatzort jeweils auch vom Lumen des Gefäßes bestimmt wird, da sich die Stentstruktur nach der Freisetzung aus dem Katheter nur so weit entfalten kann, wie es das Gefäßlumen zulässt.

[0015] Um die Stentstruktur zum einen räumlich zu fixieren und andererseits mit einer gewissen Spannung zu versehen, erstreckt sich am proximalen Ende der Stentstruktur ein Spannbügel über den Schlitz.

Der Spannbügel erhöht die Radialkraft der selbstexpandierenden Struktur, dient aber auch dazu, die einander gegenüberliegenden Kanten der Stentstruktur entlang des Schlitzes in ihrer Position zueinander festzuhalten.

[0016] Die erfindungsgemäße Thrombektomievorrichtung kann über dem proximalen Spannbügel hinaus weitere Spannbügel im zentralen und distalen Bereich aufweisen. Bei Verwendung von Formgedächtnismaterialien mit hinreichender Vorspannung kann aber auch auf jeglichen Spannbügel verzichtet werden.

[0017] Die erfindungsgemäße Thrombektomievorrichtung wird so eingesetzt, dass sie mittels eines Katheters an den Einsatzort verbracht wird und dort entweder im Thrombus selbst oder distal vom Thrombus freigesetzt wird. Die Vorrichtung expandiert im Gefäß und passt sich an das Gefäßlumen an. Entweder schon beim Aufspannen oder beim Zurückziehen verfängt sich das Thrombusmaterial in der Maschenstruktur und wird beim Zurückziehen der Vorrichtung in den Katheter mitgenommen. An der Gefäßwand anhaftende Teile des Thrombus werden durch die Scherwirkung der Maschen und der Kanten entlang des Schlitzes mitgenommen. Der Thrombus wird in den Katheter eingezogen und mit dem Katheter aus dem Körper entfernt.

[0018] Bei der Extraktion des Thrombus hat der wendelförmige Verlauf des Schlitzes über die Mantelfläche den besonderen Vorteil, dass die Kanten der Stentstruktur entlang des Schlitzes bei Zug tangential entlang des Umfanges der Gefäßwandung wandern. Dies verbessert die Scherwirkung. Gleichzeitig verbessert (vermindert) sich durch den wendelförmigen Verlauf die Biegesteifigkeit dergestalt, dass eine bessere Anpassung an kurvige Gefäße möglich ist. Dies erleichtert sowohl die Platzierung als auch die Extraktion von Thromben aus komplexen Gefäßstrukturen.

[0019] Der proximale Bügel verbessert den Radialkraftverlauf der Stentstruktur im proximalen Bereich. Insbesondere vermindert der Bügel eine Verschlankung der Stentstruktur und der Zugbelastung, wie sie beim Einziehen in den Katheter auftritt. Gleichzeitig wird eine zusätzliche Schälwirkung erreicht, wie sie auch von den Maschen und Kanten der Stentstruktur ausgeübt wird.

[0020] Von Bedeutung ist aber insbesondere die Verbesserung der Aufspannkraft im proximalen Bereich, die eine optimale Anpassung der Stentstruktur an das Gefäßlumen ermöglicht. Gleichzeitig werden die vom Schlitz voneinander getrennten Bereiche des Stents daran gehindert, sich gegeneinander zu verschieben.

[0021] Um ein problemloses Einziehen der Stentstruktur mit dem Bügel in den Katheter zu ermöglichen, weist der Spannbügel zum distalen Ende der Stentstruktur hin. Dies bedeutet, dass der Bogen des Bügels nach distal geschlossen ist, dagegen nach proximal zusammen mit den Verbindern eine Schlaufe bildet, die im Kopplungselement zusammenläuft, ähnlich der Öffnung eines Fangkorbs.

[0022] Gemäß einer Variante kann die erfindungsgemäße Stentstruktur am distalen Ende durch eine Maschenstruktur verschlossen sein, so dass sich thrombotisches Material darin wie in einem Fangkorb sammelt

[0023] Wie schon festgestellt, wird die erfindungsgemäße Stentstruktur vorzugsweise aus einem zylindrischen Rohr mit Hilfe eines Lasers geschnitten. Dies erlaubt es, den einzelnen Maschen einen besonderen Querschnitt zu verleihen, beispielsweise quadratisch, rechteckig oder trapezförmig. Bei den rechteckigen und trapezförmigen Ausführungsformen kann zum einen die schmale Seite des Querschnitts an der Außenfläche liegen, zum anderen die lange Seite. Bevorzugt ist es, dass die schmale Seite sowohl des Rechtecks wie insbesondere des Trapezes zur Gefäßwand weist, was ein leichteres Eindringen des Thrombus in die Maschenstruktur ermöglicht und die gute Verdrängung des Thrombusmasse bei der Expansion der Stentstruktur erlaubt.

[0024] Die am proximalen Ende der Stentstruktur angeordneten Verbinder führen von an den Schlitz angrenzenden proximalen Waben zu einem Kopplungselement, in dem sie zusammengeführt sind. Sie sind Teile der Stentstruktur und bestehen deshalb aus dem gleichen Material.

[0025] Der Führungsdraht der erfindungsgemäßen Thrombektomievorrichtung ist ein üblicher Führungsdraht, wie er für endovaskuläre und insbesondere neuroradiologische Zwecke eingesetzt wird. Er endet distal in dem Kopplungselement, das seinerseits die proximalen Enden der Verbinder aufnimmt.

[0026] Das Kopplungselement selbst kann ein einfacher Schweißpunkt sein, in dem Führungsdraht und Verbinder zusammengeführt sind. Es kann weiterhin aber auch ein übliches Kopplungselement sein, das die Freisetzung der zylindrischen Stentstruktur erlaubt, die insbesondere dann geboten ist, wenn eine Rückholung aus medizinischen Gründen nicht angezeigt ist, beispielsweise weil sie zu Schäden beim Patienten führen würde. In diesem Fall kann die Stentstruktur als Stent im Körper verbleiben und ihre Wirkung dadurch entfalten, dass sie im Thrombus einen Kanal ausbildet; der Thrombus wird durch die Maschenstruktur an die Gefäßwand gepresst.

[0027] Für letzteren Fall ist das Kopplungselement beispielsweise ein mechanisches Kopplungselement, das geeignet ist, bei Austritt aus dem Katheter die Verbinder freizusetzen. Zahlreiche solcher Systeme sind in der Fachliteratur beschrieben. Ebenfalls beschrieben sind hydraulische Ablösesysteme. Besonders geeignet sind elektrolytische Ablösesysteme, bei denen ein elektrolytisch korrodierbares Teil durch Stromeinwirkung aufgelöst wird und die Verbindung zwischen Stentstruktur und Führungsdraht durchtrennt. Gemäß einer ersten Variante kann das Kopplungselement als solch ein elektrolytisch auflösbares Teil gestaltet sein, gemäß einer zweiten Variante sind die Verbinder mit einer solchen Ablösestelle bzw. einem separaten Ablöseelement versehen, das sich bei Stromeinwirkung auflöst. Geeignet als Ablöseelemente sind vorkorrodierte Edelstahlelemente, Magnesiumelemente oder Kobalt-Chrom-Legierungen. Solche Systeme sind in der Literatur beschrieben.

[0028] Bei der Gestaltung des proximalen Bereichs der zylindrischen Stentstruktur ist eine kurze Ausführung der Verbinder bevorzugt. Der Weg zwischen proximalem Ende der Maschenstruktur und Kopplungselement soll kurz gehalten werden. Dies verkürzt zum einen die ungenutzte Länge der Vorrichtung und erhöht andererseits die Spannung in der mit dem Spannbügel gebildeten Fangschlinge am proximalen Ende der Struktur.

[0029] Gemäß einer besonderen Ausführungsform kann der distale Bereich der zylindrischen Stentstruktur kegelförmig oder trompetenförmig aufgeweitet sein, um in diesem Bereich eine gute Anpassung an das Gefäßlumen zu ermöglichen. Bei der Extraktion von Thromben aus einem Gefäß kommt es auf einen möglichst großen Wirkungsbereich an, d. h. auf den Kontakt der Mantelfläche mit der Gefäßwand. Je größer die Kontaktfläche, desto größer die Chance, den Thrombus vollständig zu entfernen.

[0030] Führungsdraht und/oder Stentstruktur können in üblicher Weise mit Markern versehen sein, die röntgendicht sind, beispielsweise in Form von Spiralen oder Manschetten.

[0031] Die Erfindung wird durch die beiliegenden Abbildungen näher erläutert. Es zeigen:

[0032] [Fig. 1](#) in flächiger Darstellung eine erste Variante der erfindungsgemäßen Stentstruktur;

[0033] [Fig. 2](#) eine räumliche Darstellung der Stentstruktur von [Fig. 1](#);

[0034] [Fig. 3](#) eine flächige Darstellung einer zweiten Variante einer erfindungsgemäßen Stentstruktur;

[0035] **Fig. 4** eine räumliche Darstellung der Stentstruktur von **Fig. 3** mit angekoppeltem Führungsdraht;

[0036] **Fig. 5** eine perspektivische Darstellung einer erfindungsgemäßen Stentstruktur mit zwei Verbindern;

[0037] **Fig. 6** eine Darstellung der Stegquerschnitte der Stentstruktur und

[0038] **Fig. 7** eine schematische Darstellung der erfindungsgemäßen Thrombektomievorrichtung.

[0039] **Fig. 1** und **Fig. 3** zeigen zwei Varianten einer erfindungsgemäßen zylindrischen Stentstruktur **1** mit den einzelnen Maschen **3** und **4** und den Verbindern **5** und **5'**. Die Maschen **3** und **4** sind von zwei verschiedenen Typen, die einen (**3**) haben eine Wellenform, die anderen (**4**) eine bauchige Form mit zwei Spitzen. Im Zusammenwirken geben diese beiden Formen der Gesamtstruktur sowohl Stabilität als auch Flexibilität.

[0040] In der flächigen Darstellung der **Abb. 1** und **Abb. 3** verläuft durch die Stentstruktur ein Schlitz oder Kanal **7**, der am proximalen Ende der Struktur von dem Spannbügel **9** überbrückt wird. Der Schlitz **7** wird begrenzt durch die Seitenflächen **10** und **10'** der Maschenstruktur. Der Schlitz **7** verläuft nicht parallel zur Längsachse der Struktur sondern schräg zur Längsachse, was sich in der räumlichen Darstellung als wendelförmiger Verlauf entlang der Mantelfläche (siehe **Fig. 2/Fig. 4**) darstellt.

[0041] Die Darstellung in **Fig. 1** und **Fig. 3** ist eine flächige Darstellung der aufgeschnittenen Stentstruktur **1**; die räumlichen Darstellungen sind in **Fig. 2** und **Fig. 4** wiedergegeben. In der flächigen Darstellung grenzen die Maschen **3** unmittelbar an die Maschen **3'** dergestalt, dass sich ein insgesamt rohrförmiges Gebilde mit in etwa halb um die Mantelfläche **8** umlaufendem Schlitz oder Kanal **7** ergibt.

[0042] Die Varianten von **Fig. 1** und **Fig. 3** unterscheiden sich in der Form der Verbindern **5** und **5'**, die im Falle von **Fig. 3** länger ausgebildet sind und in einem Kopplungselement **11** zusammengeführt sind (siehe **Fig. 4**). Das Kopplungselement **11** kann beispielsweise ein elektrolytisch korrodierbares System sein, das es erlaubt, die Stentstruktur **1** vom Führungsdraht **12** abzulösen (siehe **Fig. 4**). In der Variante gemäß **Fig. 2** können zwei Ablöseelemente **6**, **6'** zur elektrolytischen Ablösung vorgesehen sein.

[0043] Beiden Ausführungsformen ist gemein, dass der Schlitz **7** von dem Bügel **9** überbrückt wird. Der Bügel **9** selbst setzt an den Rändern **10**, **10'** des Maschenkonstrukts liegenden Waben an und weist mit seinem Bogen zur distalen Seite der Stentstruktur. Dies erlaubt das problemlose Einziehen der Stent-

struktur in einen Katheter. Mit den angrenzenden Verbindern **5** und **5'** bildet der Spannbogen **9** eine im Kopplungselement **11** (**Fig. 4**) zusammenlaufende Fangschleife bzw. Öffnung eines Fangkorbs. Hierzu kann das distale Ende der Stentstruktur ebenfalls mit einer Maschenstruktur verschlossen sein.

[0044] In den Darstellungen von **Fig. 2** und **Fig. 4**, die die räumliche Wiedergabe der Stentstrukturen von **Fig. 1** und **Fig. 3** sind, sind die auf der Rückseite liegenden Stege der Stentstruktur hell dargestellt. Zu erkennen ist der am proximalen Ende der Struktur unter dem Spannbogen **9** durchlaufende Schlitz **7**, der sich zur rechten Seite hin um die Mantelfläche **8** der Stentstruktur windet. Der Schlitz **7** endet distal auf der Unterseite der Stentstruktur **1** und beschreibt damit eine Drehung um etwa 180°.

[0045] **Fig. 5** zeigt die räumliche Darstellung einer erfindungsgemäßen Stentstruktur, wobei die Verbindern **5** und **5'** mit einwärts gerichteten Haken versehen sind, die in eine entsprechende Aufnahme eines Kopplungselements **11** eines Führungsdrahts **12** eingreifen. Solange sich das Kopplungselement mit dem proximalen Ende der Verbindern **5** und **5'** in einem Katheter befindet, ist die Stentstruktur **1** an den Führungsdraht gekoppelt. Bei Herausschieben aus dem Katheter erlischt die Verbindung zwischen den Verbindern **5**, **5'** und dem Kopplungselement **11** und die Struktur ist als Stent zum Verbleib im Gefäßsystem freigesetzt. Die Abkopplung wird aber nur in besonderen (Not)Fällen stattfinden, etwa wenn die Vorrichtung nicht ohne weiteres wieder in den Katheter zurückgezogen werden kann.

[0046] Deutlich zu erkennen in **Fig. 5** ist die Schlaufenstruktur aus Bogen **9** und Verbindern **5**, **5'** und der Verlauf der Stege **12** der Stentstruktur entlang der Mantelfläche **8**, die mit ihrem Kanten dazu dienen, auf das zu entfernende Thrombusmaterial einzuwirken und dieses von der Gefäßwand abzuscheren.

[0047] **Fig. 6** zeigt die beiden bevorzugten Ausführungsformen von den Stegen **12** mit rechteckigem und trapezförmigem Querschnitt, wobei die schmale Seite jeweils zur Mantelfläche **8** der Stentstruktur **1** bzw. zur Gefäßwand **13** zeigt. Diese Ausführungsvarianten gewährleisten die notwendige Stabilität des Maschennetzes einerseits und eine gute Scher- und Verdrängungswirkung auf den Thrombus andererseits.

[0048] **Fig. 7** zeigt schematisch den Aufbau einer erfindungsgemäßen Thrombektomievorrichtung mit dem Führungsdraht **12**, dem Kopplungselement **11**, dem Bereich der proximalen Anbindung mit den Verbindern **5**, **5'**, dem Wirkbereich mit der Mantelfläche **8** und dem distalen Bereich **13** mit einer trompetenförmigen Erweiterung.

[0049] In den Abbildungen stellen gleiche Bezugszeichen gleiche Sachverhalte dar.

ZITATE ENTHALTEN IN DER BESCHREIBUNG

Diese Liste der vom Anmelder aufgeführten Dokumente wurde automatisiert erzeugt und ist ausschließlich zur besseren Information des Lesers aufgenommen. Die Liste ist nicht Bestandteil der deutschen Patent- bzw. Gebrauchsmusteranmeldung. Das DPMA übernimmt keinerlei Haftung für etwaige Fehler oder Auslassungen.

Zitierte Patentliteratur

- US 6245089 B1 [\[0005\]](#)
- US 5171233 A1 [\[0005\]](#)
- WO 2004/008991 A1 [\[0007\]](#)

Zitierte Nicht-Patentliteratur

- Thomas E. Meier et al., Stroke 2002 (9) 2232
[\[0005\]](#)

Patentansprüche

1. Thrombektomievorrichtung mit einer im Wesentlichen zylindrischen Stentstruktur (1), die eine Vielzahl von Maschen (3, 4) aufweist sowie zwei Verbinder (5, 5'), die an verschiedenen Maschen (3) am proximalen Ende der Stentstruktur (1) angeordnet sind und einem Führungsdraht (2), der ein Kopplungselement (11) aufweist, an das die Verbinder (5, 5') angekoppelt sind, gekennzeichnet durch einen Schlitz (7), der sich wendelförmig über die Mantelfläche (8) der Stentstruktur (1) erstreckt und einen Spannbügel (9), der am proximalen Ende der Stentstruktur (1) den Schlitz (7) überspannt.

2. Vorrichtung nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, dass sie aus einem Formgedächtnismaterial besteht, vorzugsweise aus Nitinol oder einer Nickel-Titan-Chrom-Legierung.

3. Vorrichtung nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, dass der Spannbügel (9) mit seinem Bogen zum distalen Ende der Stentstruktur (1) weist.

4. Vorrichtung nach Anspruch 3, dadurch gekennzeichnet, dass der Spannbügel (9) und die Verbinder (5, 5') eine Schlaufe bilden, die im Kopplungselement (11) zusammenläuft.

5. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass sie einen oder mehrere weitere Bügel (9) im zentralen und/oder distalen Teil der Stentstruktur (1) aufweist.

6. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Stentstruktur (1) aus einem Rohr geschnitten ist und rechteckige oder trapezförmige Stegquerschnitte aufweist.

7. Vorrichtung nach Anspruch 6, dadurch gekennzeichnet, dass die Stegquerschnitte mit ihrer schmalen Seite die Mantelfläche (8) der Stentstruktur (1) bilden.

8. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Stentstruktur (1) mechanisch, hydraulisch oder elektrochemisch vom Führungsdraht (2) ablösbar ist.

9. Vorrichtung nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, dass das Kopplungselement (11) als Ablöseelement ausgebildet ist.

10. Vorrichtung nach Anspruch 8, gekennzeichnet durch zwei Ablösestellen, vorzugsweise mit elektrochemischer Ablösung.

11. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass das Kopplungselement (11) peripher angeordnet ist.

12. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass das distale Ende der Stentstruktur (1) kegelig oder trompetenförmig aufgeweitet ist.

13. Vorrichtung nach einem der vorstehenden Ansprüche, gekennzeichnet durch Markerelemente.

Es folgen 3 Blatt Zeichnungen

Anhängende Zeichnungen

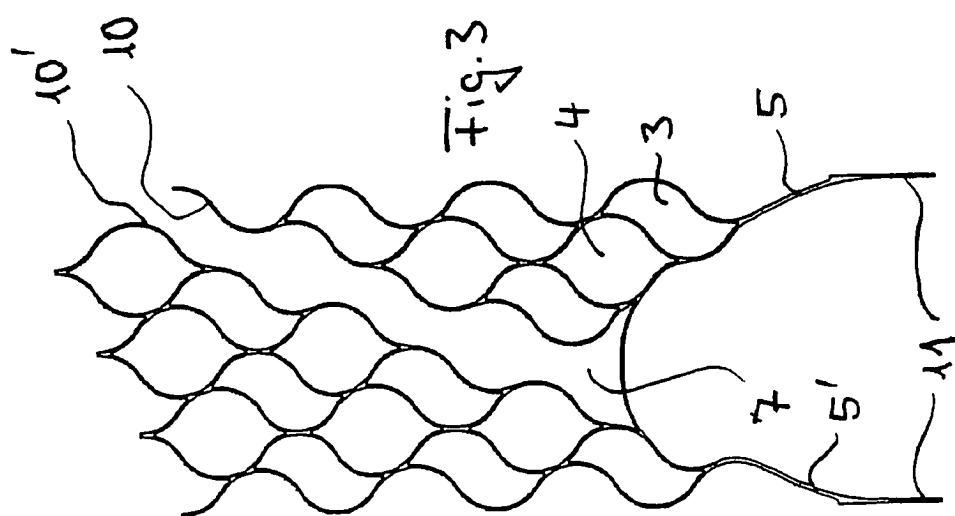
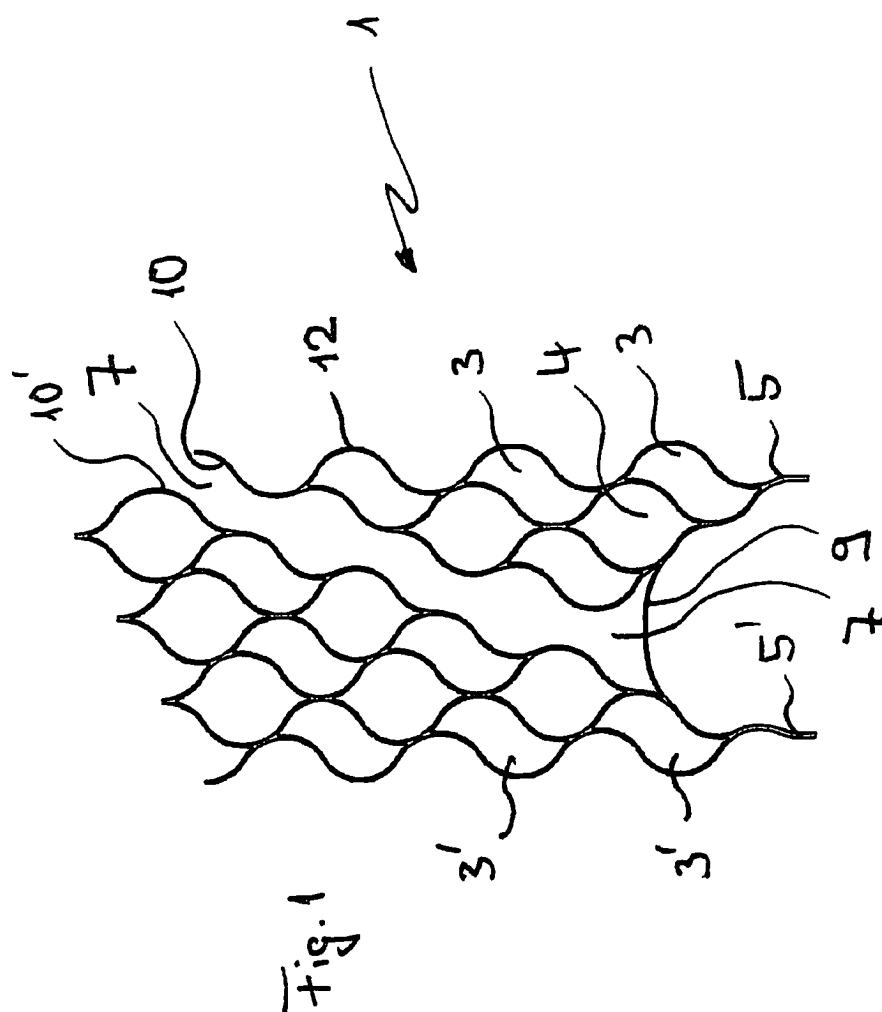


Fig. 2

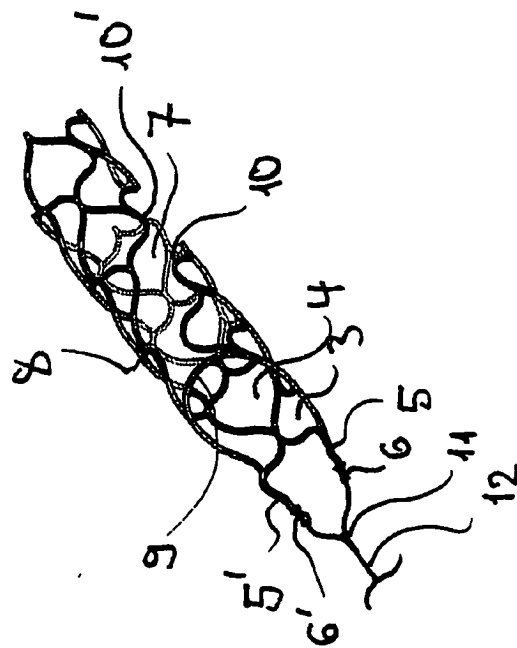


Fig. 4

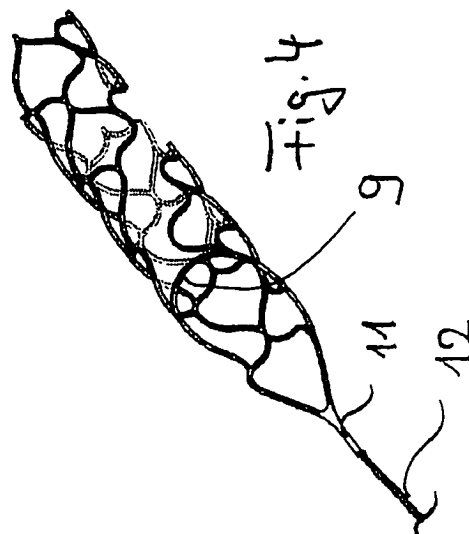


Fig. 5

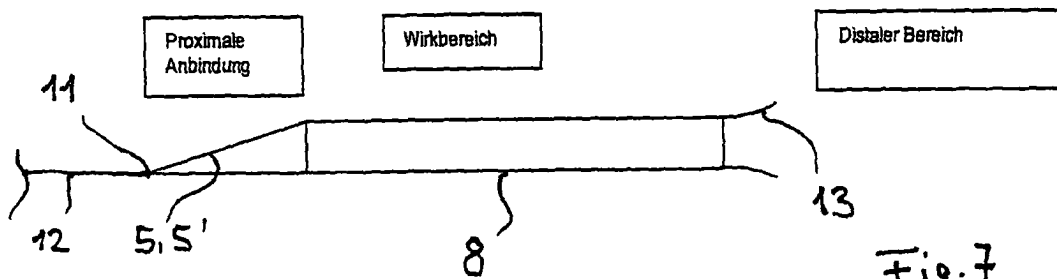
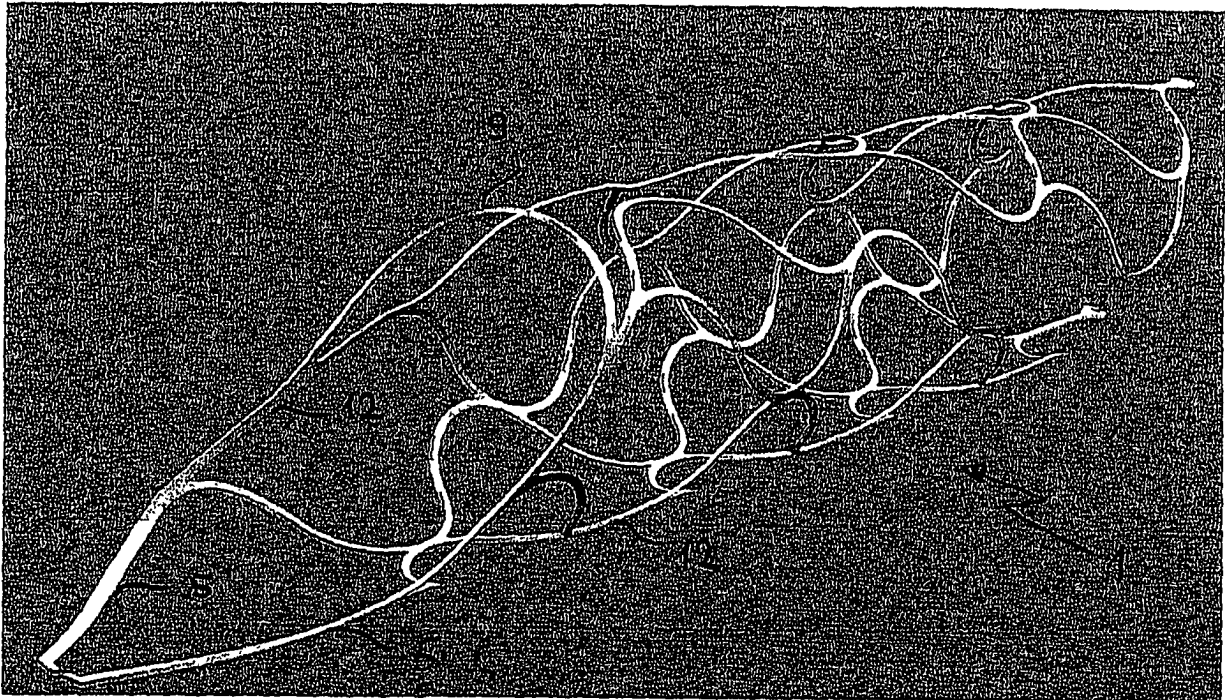


Fig. 7

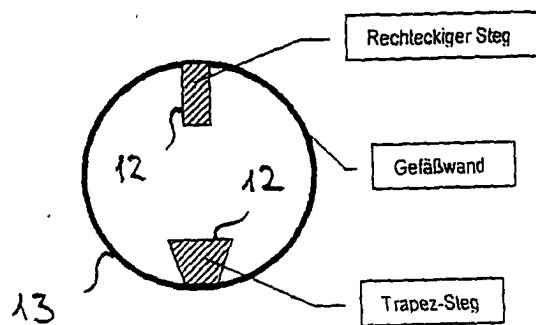


Fig. 6