

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 特 許 公 報 (B2)

(11) 特許番号

特許第5939610号
(P5939610)

(45) 発行日 平成28年6月22日 (2016. 6. 22)

(24) 登録日 平成28年5月27日 (2016. 5. 27)

(51) Int. Cl.

F I

A 6 1 M 27/00 (2006. 01)
 A 6 1 B 17/00 (2006. 01)
 A 6 1 L 31/00 (2006. 01)
 A 6 1 M 1/00 (2006. 01)

A 6 1 M 27/00
 A 6 1 B 17/00 3 1 O
 A 6 1 L 31/00 Z
 A 6 1 M 1/00 5 1 O

請求項の数 18 (全 25 頁)

(21) 出願番号 特願2011-537579 (P2011-537579)
 (86) (22) 出願日 平成21年11月18日 (2009. 11. 18)
 (65) 公表番号 特表2012-509709 (P2012-509709A)
 (43) 公表日 平成24年4月26日 (2012. 4. 26)
 (86) 国際出願番号 PCT/US2009/064972
 (87) 国際公開番号 W02010/059712
 (87) 国際公開日 平成22年5月27日 (2010. 5. 27)
 審査請求日 平成24年11月2日 (2012. 11. 2)
 審判番号 不服2014-24973 (P2014-24973/J1)
 審判請求日 平成26年12月5日 (2014. 12. 5)
 (31) 優先権主張番号 12/275, 417
 (32) 優先日 平成20年11月21日 (2008. 11. 21)
 (33) 優先権主張国 米国 (US)

(73) 特許権者 508268713
 ケーシーアイ ライセンシング インコー
 ポレイテッド
 アメリカ合衆国 テキサス州 7 8 2 6 5
 - 9 5 0 8, サンアントニオ, ビー. オー
 . ボックス 6 5 9 5 0 8, リーガルデパ
 ートメントーインテレクチュアルプロパテ
 イー
 (74) 代理人 110001302
 特許業務法人北青山インターナショナル
 (72) 発明者 クルサード, リチャード ダニエル ジョ
 ン
 イギリス ドーセット州 ビーエイチ3 1
 6エルエル, パーウッド, エイコーンウ
 ェイ 6

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 組織部位からの液体保持用送達チューブ、システム及び方法

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

組織部位からの液体を保持するシステムにおいて、当該システムが：

減圧を供給するように動作可能な減圧源と；

前記減圧を配分するように構成されたマニフォールドと；

複数の溝および複数のリブを具えた少なくとも一のルーメンを有する送達チューブであって、前記複数の溝が前記複数のリブのうち一本のリブによって互いに分離されており、当該送達チューブが、前記減圧源から前記マニフォールドへ前記減圧を伝送するように動作可能であり、かつ前記マニフォールドを介して前記組織部位からの液体を受け取るように動作可能である、送達チューブと；

前記少なくとも一のルーメンの少なくとも第一部分に配置され、前記組織部位からの液体を吸収するように動作可能な吸収材と；を具え、

前記少なくとも一のルーメンが、前記吸収材を有していない第二部分を具えることを特徴とするシステム。

【請求項 2】

組織部位からの液体を保持する装置において、当該装置が：

複数の溝および複数のリブを具えた少なくとも一のルーメンを有する送達チューブであって、前記複数の溝が前記複数のリブのうち一本のリブによって互いに分離されており、当該送達チューブが、前記組織部位へ減圧を送達し、前記組織部位から液体を受け取るように動作可能である、送達チューブと；

前記少なくとも一のルーメンの少なくとも第一部分に配置された吸収材と；を具え、
前記少なくとも一のルーメンが、前記吸収材を有していない第二部分を具えることを特徴とする装置。

【請求項 3】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記少なくとも一のルーメンの内側面を少なくとも部分的に覆っていることを特徴とする装置。

【請求項 4】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記複数の溝の少なくとも一部分に配置されていることを特徴とする装置。

【請求項 5】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記複数の溝のすべてに配置されていることを特徴とする装置。

【請求項 6】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記複数の溝の少なくとも一部分に配置されており、前記少なくとも一のルーメンが、前記吸収材が前記組織部位からの液体で飽和しているときに残る中央減圧通路を具えることを特徴とする装置。

【請求項 7】

請求項 2 に記載の装置において、前記複数の溝の各々の少なくとも一の壁が横方向の断面において、実質的に半円形の断面形状を有することを特徴とする装置。

【請求項 8】

請求項 2 に記載の装置において、前記複数の溝の各々の少なくとも一の壁が横方向の断面において、実質的に半円形の断面形状を有しており、前記複数の溝の各々が、前記送達チューブの長さの少なくとも一部に沿って延在する細長い溝であることを特徴とする装置。

【請求項 9】

請求項 2 に記載の装置において、前記複数の溝の各々の少なくとも一の壁が横方向の断面において、実質的に半円形の断面形状を有しており、前記複数の溝の各々が、前記送達チューブの長さの少なくとも一部に沿って延在する細長い溝であり、前記複数の溝の各々が、前記送達チューブの全長に沿って延在していることを特徴とする装置。

【請求項 10】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が、前記少なくとも一のルーメンの全内側面を覆っていることを特徴とする装置。

【請求項 11】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記少なくとも一のルーメン内に配置した吸収材コアであることを特徴とする装置。

【請求項 12】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記少なくとも一のルーメン内に配置した吸収材コアであり、当該吸収材コアが前記組織部位からの液体を吸収すると膨張することを特徴とする装置。

【請求項 13】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記少なくとも一のルーメン内に配置した吸収材コアであり、当該吸収材コアがフレキシブルな筒状吸収材コアであることを特徴とする装置。

【請求項 14】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が前記少なくとも一のルーメン内に配置した吸収材コアであり、前記複数の溝の少なくとも一つが減圧を送達する減圧送達用溝であり、当該減圧送達用溝が、当該減圧送達用溝に液体が入りこまないように構成されていることを特徴とする装置。

【請求項 15】

請求項 2 に記載の装置において、前記吸収材が、高吸収材ファイバ、高吸収材粒子、ハ

10

20

30

40

50

イドロファイバ、カルボキシルメチル・セルロース・ナトリウム、及びアルギン酸塩のうちの少なくとも一つを具えることを特徴とする装置。

【請求項 1 6】

組織部位からの液体を保持する送達チューブを製造する方法において、当該方法が：

複数の溝および複数のリブを具えた少なくとも一のルーメンを有する送達チューブを形成するステップであって、前記複数の溝が前記複数のリブのうち一本のリブによって互いに分離されており、当該送達チューブが前記組織部位へ減圧を伝達すると共に前記組織部位からの液体を受け取るように動作可能である、送達チューブを形成するステップと；

吸収材を提供するステップであって、当該吸収材が前記組織部位からの液体を吸収するように動作可能である、吸収材を提供するステップと；

前記少なくとも一のルーメン内に前記吸収材を適用するステップと；を具え、

前記少なくとも一のルーメンが前記吸収材を有する第一部分と、前記吸収材を有していない第二部分とを具えることを特徴とする方法。

【請求項 1 7】

請求項 1 6 に記載の方法において、前記吸収材が吸収材コアであることを特徴とする方法。

【請求項 1 8】

請求項 1 6 に記載の方法において、前記少なくとも一のルーメン内に前記吸収材を適用するステップが、前記吸収材を有する前記少なくとも一のルーメンの内側面の少なくとも一部を覆うステップを具えることを特徴とする方法。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0 0 0 1】

本発明は、一般的には組織治療の分野に関し、特に、組織部位からの液体保持用システム及び方法に関する。

【背景技術】

【0 0 0 2】

臨床研究及び実務によると、組織部位近傍に減圧を提供することで当該組織部位における新しい組織の成長を補強し促進することがわかっている。この現象の適用例は数多いが、減圧の適用は創傷治療において特に成功している。減圧を用いた創傷治療は、医学界では「負圧組織治療」、「減圧治療」、あるいは「真空治療」などと呼ばれている。このタイプの治療は、より早い治癒や、肉芽組織の形成の強化を含む多くの利点を提供している。

【0 0 0 3】

減圧治療システムは、しばしば、救急処置あるいは長期治療を行っている患者に存在する大きな滲出が多い創傷、並びに減圧を適用しないと容易に回復しにくい深刻な創傷に適用される。体積がより小さく、滲出液が少ない重症度の低い創傷は、一般的に、減圧治療に代えて最新式のドレッシングを用いて治療が行われる。

【発明の概要】

【0 0 0 4】

減圧治療システムに伴う現在の問題を軽減するために、ここに説明した実施例は、組織部位からの液体を保持する装置、システム、及び方法に関する。一実施例によれば、この装置は、少なくとも一のルーメンを具える送達チューブを具え、このチューブは減圧を組織部位に伝達して組織部位から液体を受け取るよう動作可能である。この装置は、少なくとも一のルーメンに吸収材を配置している。この吸収材は、組織部位からの液体を吸収するよう動作可能である。別の実施例では、少なくとも一のルーメンに吸収材が収納されていない。

【0 0 0 5】

別の実施例によると、組織部位からの液体を保持するシステムが提供されており、これは、減圧を供給するよう動作可能である減圧源と、この減圧を配分するように構成されたマニフォールドと、少なくとも一のルーメンを有する送達チューブと、この少なくとも一のルーメンに配置された吸収材と、を具える。

【0006】

別の実施例によれば、組織部位からの液体を保持する方法が、組織部位と液通する少なくとも一のルーメンを有する送達チューブを配置するステップと、組織部位からの液体が少なくとも一のルーメンに引き込まれるように少なくとも一のルーメンに減圧を提供するステップと、この少なくとも一のルーメン中の吸収材を用いて組織部位からの液体を吸収して、この組織部位からの液体を少なくとも一のルーメンに保持するステップと、を具える。

10

【0007】

別の実施例によれば、組織部位からの液体を保持する装置の製造方法が提供されている。この方法は、少なくとも一のルーメンを有する送達チューブを形成するステップと、吸収材を提供するステップを具える。この方法は、少なくとも一のルーメンに吸収材を適用するステップを具えていてもよい。

【0008】

実施例のその他の目的、特徴、及び利点は、図面と以下の詳細な説明を参照して明らかになるであろう。

【図面の簡単な説明】

20

【0009】

【図1】図1は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置を示すブロック図である。

【図2】図2は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置を示すブロック図である。

【図3】図3は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図4】図4は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図5】図5は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図6】図6は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

30

【図7】図7は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図8】図8は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図9】図9は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す断面図である。

【図10】図10は、一実施例による組織部位からの液体を保持する送達チューブの一部を切り欠いた斜視図である。

【図11】図11は、一実施例による組織部位からの液体を保持する送達チューブの断面図である。

40

【図12】図12は、一実施例による組織部位からの液体を保持する送達チューブの断面図である。

【図13】図13は、一実施例による組織部位からの液体を保持する送達チューブの一部を切り欠いた斜視図である。

【図14】図14は、一実施例による組織部位からの液体を保持する送達チューブの断面図である。

【図15】図15は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置を示すブロック図である。

【図16】図16は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す斜視

50

図である。

【図 17】図 17 は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す斜視図である。

【図 18】図 18 は、一実施例による組織部位に減圧を与える装置の構成部品を示す斜視図である。

【図 19】図 19 は、一実施例による組織部位に減圧を与えるシステムをグラフで示す図である。

【図 20】図 20 は、一実施例による組織部位に減圧を与えるプロセスを示すフローチャートである。

【図 21】図 21 は、一実施例による組織部位に減圧を与えるプロセスを示すフローチャートである。

【発明を実施するための形態】

【0010】

好ましい実施例の以下の詳細な説明において、説明の一部を成す添付図面に符号が付されており、本発明を実施することができる特定の好ましい実施例が示されている。これらの実施例は、当業者が本発明の実施することができるように十分詳細に記載されており、その他の実施例を利用することができ、本発明の精神又は範囲から外れることなく論理構造的、機械的、電氣的、化学的変更を行うことができると解される。当業者が本発明を実施するのに必要のない詳細を省略するために、この明細書は当業者に公知の所定の情報は削除してもよい。従って、以下の詳細な説明は、限定の意味ではなく、本発明の範囲は特許請求の範囲によってのみ規定される。

【0011】

ここに記載した実施例は、組織部位から除去した液体を保持する装置、システム、及び方法を提供している。減圧とは、一般的に、治療を受けている組織部位の周辺圧力より低い圧力を意味する。ほとんどの場合、この減圧は、患者が位置している場所の大気圧より低いものとなる。「真空」及び「負圧」の用語は、組織部位にかかる圧力を説明するのに用いることができるが、組織部位にかかる実際の圧力は、完全な真空に用いられる通常の圧力より高いことがある。この用語に合わせて、減圧又は真空圧の上昇は絶対圧力の相対的減少を意味し、減圧又は真空圧の低下は絶対圧力の相対的上昇を意味する。同様に、特定の減圧より「低い」減圧は、その特定の減圧に相当する絶対圧力より高い絶対圧力を意味する。また、特定の減圧より「高い」減圧は、特定の減圧に相当する絶対圧力より低い絶対圧力を意味する。

【0012】

ここで使用されているように、「連結」の用語は、別の物体を介して連結することを含む。また「連結された」の用語は、「直接的に連結された」ことを含み、この場合は、二つの物体が何らかの方法で互いに接触する。「連結された」の用語は、また、同じ材料片で形成されている部品の各々を介して互いに連続している二又はそれ以上の部品も包含する。更に、「連結された」の用語は、化学結合を介するなど化学的連結も含む。「連結された」の用語は、機械的、熱的、電氣的連結も含む。

【0013】

現在、減圧治療の使用は、モニタとシステム部品交換に必要なマンパワー、訓練された医療専門家による監視の必要性、及び治療のコストが高いことが理由で、深刻でない創傷用に発展する手ごころなオプションとして考えられていない。例えば、現在の減圧治療システムは煩雑であるため、特定の知識がほとんどないあるいはまったくない人を、このような治療を自身にあるいは他人に行うことから排除している。また、現在の減圧治療システムのサイズと電力消費特性が、治療システム及び治療が行われている患者の双方の移動度を制限している。また、現在の減圧治療システムのコストが高いことが、ユーザに対してこのような治療システムへのアクセス可能性を排除している。また、現在の減圧治療システムは、通常、各治療を行った後に使い捨てにするものではない。

【0014】

例えば、現在の減圧治療システムは、組織部位から抽出された滲出液の保持用に別体の流体コンテナを使用する必要がある。しかしながら、流体コンテナという追加部品を含めることは、減圧治療システムの突出性、複雑性、及び重量を増やし、これによって、不快感が増えると共に、患者の移動度が制限される。

【 0 0 1 5 】

現在の減圧治療システムは、また、ユーザの使い勝手が悪く、減圧治療システムによって組織部位に適量の減圧が適用されているかどうかを表示するための目障りでない方法を欠く。従って、減圧治療システムを正しく作動させるためには特別な知識を有する者が必要であり、これによって、コストが上がり、使用している減圧治療システムのアクセス可能性が低くなる。

10

【 0 0 1 6 】

従来の減圧治療システムを用いて、小容量で滲出液が少ない創傷に減圧を適用することができたが、特別な医療訓練を行うことなく減圧を投与できるより簡単なシステムが求められている。更に、システムのユーザが移動を続けることができ、通常の日々の活動に参加できるように、消費電力が少なく、コンパクトなシステムが求められている。最終的に、システムを一患者が経済的に使用することができ、その患者の治療が終わった後は使い捨てにできる安価なシステムが必要とされている。

【 0 0 1 7 】

図 1 を参照すると、一実施例による組織部位 1 0 5 に減圧を適用する減圧治療システム 1 0 0 が示されている。組織部位 1 0 5 は、ヒト、動物、あるいはその他の生命体の、骨組織、脂肪組織、筋組織、皮膚組織、脈管組織、結合組織、軟骨、腱、靱帯、あるいはその他の組織を含む、身体組織である。組織部位 1 0 5 は、創傷、病変組織、あるいは欠損組織を含むが、この組織部位は、創傷、病変、あるいは欠損していない健康な組織であってもよい。組織部位 1 0 5 への減圧の適用は、組織部位 1 0 5 からの滲出液やその他の液体の排出の促進、並びに追加組織の成長の刺激に用いられる。組織部位 1 0 5 が創傷部位である場合、肉芽組織の成長と、滲出液とバクテリアの除去が、創傷の治癒を促進する。健康な組織を含む、非創傷あるいは非病変組織への減圧の適用も、採取して別の場所に移植された組織の成長を促進するのに用いられる。

20

【 0 0 1 8 】

組織部位 1 0 5 に適用される減圧は、減圧源 1 1 0 によってつくられる。減圧源 1 1 0 は、手動で、機械的に、あるいは電氣的に作動するタイプのポンプである。減圧源 1 1 0 の非限定的な例には、保持されたエネルギーによって駆動するデバイスが含まれ、これで、減圧をつくることができる。このような保持エネルギーによる減圧源の例には、限定するものではないが、圧電エネルギー、ばねエネルギー、太陽エネルギー、運動エネルギー、コンデンサに蓄えられたエネルギー、燃焼、及び、Sterling によって開発されたあるいは同様のサイクルによって開発されたエネルギー、によって駆動されるポンプが含まれる。減圧源 1 1 0 のその他の例は、ペローズポンプ、蠕動ポンプ、ダイヤフラムポンプ、回転翼ポンプ、リニアピストンポンプ、空気ポンプ、水圧ポンプ、ハンドポンプ、フットポンプ、手動で作動するスプレーボトルを用いたポンプといった手動ポンプなどの手動で作動するデバイスを含む。減圧源 1 1 0 に用いることができるあるいはこれに含めることができるその他のデバイス及びプロセスには、シリンジ、リードねじ、ラッチ、ぜんまい仕掛けのデバイス、振り子で駆動するデバイス、手動発電機、浸透プロセス、加熱プロセス、及び、凝縮によって真空圧が発生するプロセスが含まれる。

30

40

【 0 0 1 9 】

別の実施例では、減圧源 1 1 0 は、化学反応によって駆動されるポンプを具えている。タブレット、溶液、スプレイ、あるいはその他の送達機構をポンプに送達して、化学反応を開始する。化学反応によって発生した熱を用いてポンプを駆動して減圧を生成する。別の実施例では、CO₂ シリンダなどの加圧ガスシリンダを用いて、ポンプを駆動して減圧を生成する。更に別の実施例では、減圧源 1 1 0 が電池で駆動するポンプである。好ましくは、このポンプは少量の電力を使うポンプであり、電池の単回充電で長期間作動でき

50

るポンプである。

【0020】

減圧源110は、ドレッシング115を介して組織部位105に減圧を提供する。ドレッシング115は、マニフォールド120を具えており、これは、組織部位105近傍あるいは組織部位105に接触して配置することができる。マニフォールド120は、生体適合性の多孔質材であり、組織部位105に接触して配置して組織部位105に減圧を配分することができる。マニフォールド120は、フォーム、ガーゼ、フェルトマット、あるいは特定の生物学的アプリケーションに適したその他の材料で作ることができる。マニフォールド120は、複数のフローチャネルあるいは経路を具えており、組織部位105への減圧の配分あるいは組織部位105からの流体の配分を容易にする。

10

【0021】

一の実施例では、マニフォールド120は、多孔フォームであり、フローチャネルとして作用する複数の相互連結したセル又は孔を有する。多孔フォームは、ポリウレタン、開放セル、テキサス州サンアントニオ所在のKinetic Concepts, Inc.社によって製造されているGranuFoamなどの網状フォームであってもよい。開放セルフォームを用いる場合は、多孔率は変化するが、好ましくは約400乃至600ミクロンである。フローチャネルによって、開放セルを有するマニフォールド120の部分を通して液通する。このセルとフローチャネルは、形状及びサイズが均一であってもよく、あるいは、形状及びサイズがパターン化されたもの、あるいはランダムに変化するものを含む。マニフォールドのセル形状及びサイズの変化によってフローチャネルが変化し、このような特性を用いて、マニフォールド120を通る流体のフロー特性を変えることができる。

20

【0022】

また、マニフォールド120は、減圧治療システム100の使用後に患者の身体から取り出す必要がない生体吸収性材料で構成することができる。好適な生体吸収性材料には、限定するものではないが、ポリ乳酸(PLA)とポリグリコール酸(PGA)のポリマーブレンドが含まれる。また、このポリマーブレンドには、限定するものではないが、ポリカーボネート、ポリフマル酸エステル、及びカプロラクトンが含まれる。更に、マニフォールド120は新しい細胞増殖の骨格として作用する、又は、骨格材料は、マニフォールド120と共働して用いて細胞増殖を促進する。骨格は、細胞の増殖あるいは組織形成を強化あるいは促進するのに使用される細胞増殖用テンプレートを提供する三次元多孔構造などの物質又は構造である。骨格材料の例には、リン酸カルシウム、コラーゲン、PLA/PGA、サンゴ-ヒドロキシアパタイト、カルボン酸、又は処理済み同種移植材が含まれる。一の例では、この骨格材料は、高空隙比を持つ(すなわち、空気含有量が多い)。

30

【0023】

ドレッシング115は、また、シーリング部材125を具える。マニフォールド120は、シーリング部材125を用いて組織部位105に固定される。シーリング部材125は、マニフォールド120を組織部位105に固定するのに使用するカバーであってもよい。シーリング部材125は、透過性あるいは半透過性であってもよいが、一の実施例では、シーリング部材125は、マニフォールド120にシーリング部材125を取り付けた後、組織部位105において減圧を維持することができる。シーリング部材125はシリコーンベースの化合物、アクリル材料、ヒドロゲル又はヒドロゲル形成材、あるいは、組織部位105に望まれる不透過性又は透過性特性を有するその他の生体適合性材料でできたドレープ又はフィルムであってもよい。シーリング部材125を疎水性材料で形成して、シーリング部材125による水分の吸収を防止するようにしてもよい。

40

【0024】

ドレープ形状などの「シート」形状で提供する代りに、シーリング部材125を注入可能なあるいはスプレイ可能な形状で提供でき、これはマニフォールド120を組織部位105に接触させ、配置した後にマニフォールド120の上に適用される。同様に、シーリング部材125はマニフォールド120と組織部位105の上に配置してシーリング機能

50

を提供するデバイスを具えていてもよい。これには、限定するものではないが、吸引カップ、成型キャスト、ベル型ジャーが含まれる。

【0025】

一の実施例では、シーリング部材125は組織を囲むマニフォールド120と組織部位105と、気密連結を提供するように構成されている。気密連結は、シーリング部材125の周辺部に沿ってあるいはシーリング部材125のいずれかの部位に接着剤を配置して、シーリング部材125をマニフォールド120又は組織部位105の周辺組織に固定することによって、提供される。この接着剤は、シーリング部材125に予め設けておいてもよく、又は、シーリング部材125を取り付ける直前にシーリング部材125にスプレィ又は塗布するようにしてもよい。

10

【0026】

いくつかの場合は、組織部位105を密封するのにシーリング部材125は必要でない。例えば、組織部位105は、「自己密封」して、減圧を維持することができる。上皮組織あるいは深い組織創傷、窩洞、瘻孔の場合、シーリング部材125を使用することなく組織部位105における減圧の維持が可能である。組織はしばしばこれらのタイプの組織部位を包む、あるいは囲むため、組織部位を囲む組織は、シーリング部材として効果的に作動する。

【0027】

減圧源110によって生じる減圧は、送達チューブ135を用いて組織部位105に適用することができる。送達チューブ135は、気体、液体、ゲル、あるいはその他の流体が流れるものであればどのようなチューブでもよい。例えば、組織部位105からの滲出液が送達チューブ135を通して流れる。図1では、コネクタ150が送達チューブ135を流体回収装置140に連結している。しかしながら、送達チューブ135は、中間コネクタ150又は流体回収装置140を用いることなく、減圧源110をドレッシング115に直接連結することができる。

20

【0028】

送達チューブ135は、円形、楕円形、あるいは多角形といった断面形状を有している。また、送達チューブ135は、柔軟性のある又は柔軟性のない、どのような材料で作られていてもよい。また、送達チューブ135は、一又はそれ以上の流体が流れる経路あるいはルーメンを具える。例えば、送達チューブ135は二本のルーメンを有している。この例では、一方のルーメンは、組織部位105から流体回収装置140への滲出液の経路として使用することができる。他方のルーメンを用いて、空気、抗菌材、抗生物質、細胞増殖促進材、刺激流体、あるいはその他の化学的活性材、といった流体を組織部位105に送達するのに用いることができる。これらの流体がでてくる流体源は、図1に示されていない。

30

【0029】

一の実施例では、送達チューブ135は、送達ルーメンと一又はそれ以上の回収ルーメンを具え、組織部位105からの滲出液を回収する。これらのルーメンは、各々、フィルタを具えており、ルーメンを通る滲出液の流れを管理することもできる。送達ルーメン、回収ルーメン、及び送達チューブ135に設けたフィルタの更なる詳細は、図2乃至10に提供されている。

40

【0030】

一の実施例では、送達チューブ135は、連結部材145を介してマニフォールド120に連結されている。連結部材145によって、マニフォールド120から送達チューブ135への、及び逆の流体通路ができる。例えば、マニフォールド120を用いて組織部位105から回収した滲出液は、連結部材145を介して送達チューブ135へ入る。別の実施例では、減圧治療システム100は、連結部材145を具えていない。この実施例では、送達チューブ135をシーリング部材125内へ直接挿入する、又は、送達チューブ135の一端がマニフォールド120近傍にあるいはこれに接触するようにマニフォールド120に挿入することができる。

50

【 0 0 3 1 】

減圧治療システム 1 0 0 は、流体回収装置 1 4 0 を具える。組織部位 1 0 5 からの滲出液などの液体は、送達チューブ 1 3 5 を通って流体回収装置 1 4 0 へ流れる。流体回収装置 1 4 0 は、気体や液体、並びに個体を含有する流体を収納できるデバイス又はキャビティであってもよい。例えば、流体回収装置 1 4 0 は、組織部位 1 0 5 からの滲出液を収納できる。送達チューブ 1 3 5 は、流体回収装置 1 4 0 に直接連結されているか、あるいは、コネクタ 1 5 0 などのコネクタを介して流体回収装置 1 4 0 に連結されている。

【 0 0 3 2 】

流体回収装置 1 4 0 は、送達チューブ 1 3 5 によってマニフォールド 1 2 0 に流体連結された、フレキシブルなあるいは硬質のキャニスタ、バッグ、又はポーチである。流体回収装置 1 4 0 は、個別容器であってもよいし、減圧源 1 1 0 と動作可能に組み合わせて滲出液と流体を回収するようにしたものでもよい。ペローズポンプなどの手動ポンプが減圧源 1 1 0 として用いられている実施例では、減圧を生成する体積可変チャンバが流体回収装置 1 4 0 としても作用し、チャンバが膨張した時に流体を回収するようにしてもよい。流体回収装置 1 4 0 は、流体を回収する単一のチャンバを具えるものであってもよいし、代替的に、複数チャンバを有するものでもよい。乾燥材又は吸収材を流体回収装置 1 4 0 内に配置して、回収した流体を捕捉するあるいは制御することができる。流体回収装置 1 4 0 がない場合は、滲出液及びその他の流体を制御する方法を用いて、特に水溶性の流体がマニフォールド 1 2 0 から蒸発するようにしてもよい。別の実施例では、図 2 乃至 1 0 を参照して以下に述べる送達チューブ 1 3 5 内の一又はそれ以上の回収ルーメンを、流体回収装置 1 4 0 の代りに又はこれに加えて用いることができる。

【 0 0 3 3 】

減圧治療システム 1 0 0 は、減圧治療システム 1 0 0 のその他の構成要素と動作可能に関連する減圧フィードバックシステム 1 5 5 を具えており、減圧治療システム 1 0 0 のユーザに、組織部位 1 0 5 に送達されている又は減圧源 1 1 0 で発生している圧力の相対量あるいは絶対量を表示する情報を提供する。フィードバックシステムの例には、限定するものではないが、選択された値より減圧が上がったときに作動するポップバルブと、偏差ポップバルブが含まれる。ポップバルブ、特に、送達チューブ 1 3 5 内の減圧に相当する移動可能な表示器を具えるフィードバックシステムに関する更なる詳細を、図 1 5 乃至 1 9 を参照して以下に述べる。

【 0 0 3 4 】

フィードバックシステムのその他の非限定的な例には、小型電池で給電する低電力電子式表示器、組織部位に適用されている特定の圧力を表示するダイヤル式表示器、様々な偏差特性を有するポリマ、及び、互いに対して移動して減圧源 1 1 0 で発生している相対圧力又は絶対圧力値を表示する可視識別子を生成するフィルム、が含まれる。「フィルム」ベースのシステムの一例は、減圧源 1 1 0 の第 1 部分に固定された黄色いフィルムであって、第 2 部分に固定された青いフィルムに対して相対的に移動可能なフィルムを具えている。この第 1 及び第 2 部分は、互いに対して相対的に移動して減圧を適用し、黄色いフィルムと青いフィルムが重なって緑の表示器をつくる。圧力が上がって、フィルムが互いから離れると、緑がなくなって、圧力が上がったことを表示する（すなわち、より多くの減圧を適用する必要がある）。

【 0 0 3 5 】

減圧治療システム 1 0 0 は更に、流体回収装置 1 4 0 内に存在する流体の量を検出する体積検出システム 1 5 7 と、組織部位 1 0 5 から回収した滲出液中の血液の存在を検出する血液検出システム 1 5 9 と、組織部位 1 0 5 の温度を監視する温度監視システム 1 6 2 と、組織部位 1 0 5 における炎症の存在を検出する炎症検出システム 1 6 5 と、及び/又は、組織部位 1 0 5 から回収した流体の流量をモニタする流量モニタリングシステム 1 6 7 を具える。炎症検出システム 1 6 5 は、バクテリアの存在により色が変化するフォーム又はその他の物質を具えていてもよい。このフォーム又はその他の物質は、マニフォールド 1 2 0 又は送達チューブ 1 3 5 に動作可能に取り付けられており、この色が変化する物

質が組織部位 1 0 5 からの滲出液に露出する。上述した構成要素とシステムに加えて、減圧治療システム 1 0 0 は、バルブ、レギュレータ、スイッチ、及びその他の電氣的構成要素、機械的構成要素、及び流体成分を具えており、組織部位 1 0 5 への減圧治療の提供を容易にしている。

【 0 0 3 6 】

図 2 を参照すると、図 1 に示す減圧治療システム 1 0 0 の非限定的な例である減圧治療システム 2 0 0 が、実施例に従って示されている。一の実施例では、図 1 の流体回収装置 1 4 0 が、ドレッシング 2 1 5 と減圧源 2 1 0 との間に流体連結されたチューブ 2 3 5 である。ドレッシング 2 1 5 と減圧源 2 1 0 は、それぞれ、図 1 に示すドレッシング 1 1 5 と減圧源 1 1 0 の非限定的な例である。

10

【 0 0 3 7 】

チューブ 2 3 5 は複数のルーメンを具えている。特に、チューブ 2 3 5 は、送達ルーメン 2 7 0 と、複数の回収ルーメン 2 7 2 を具える。図 2 は、単一の送達ルーメン 2 7 0 と二本の回収ルーメン 2 7 2 を有するチューブ 2 3 5 を示しているが、チューブ 2 3 5 は、送達及び回収ルーメンを何本具えていてもよい。例えば、複数の送達ルーメンと単一の回収ルーメンがチューブ 2 3 5 に設けられていてもよい。

【 0 0 3 8 】

送達ルーメン 2 7 0 と複数の回収ルーメン 2 7 2 を含めて、チューブ 2 3 5 内の複数のルーメンのすべてが減圧源 2 1 0 に流体連結しており、すべてが減圧に露出される。このように、減圧源 2 1 0 で生成した減圧が、チューブ 2 3 5 内の複数のルーメンの各々を通して、ドレッシング 2 1 5 を介して組織部位 2 0 5 へ伝達される。一の実施例では、減圧源 2 1 0 が、送達ルーメン 2 7 0 と複数の回収ルーメン 2 7 2 を介して組織部位 2 0 5 へ減圧を適用して、複数の回収ルーメン 2 7 2 が、組織部位 2 0 5 から液体又は固体を含有する液体などの流体 2 7 4 を受ける。一例では、流体 2 7 4 は、組織部位 2 0 5 からの滲出液である。複数の回収ルーメン 2 7 2 は、組織部位 2 0 5 から受けた流体 2 7 4 を保持することができる。従って、図 1 に示す流体回収装置 1 4 0 などの、別体の流体回収装置が不要になる。

20

【 0 0 3 9 】

減圧治療システム 2 0 0 は、チューブ 2 3 5 に連結された少なくとも一のフィルタを具えていてもよい。特に、チューブ 2 3 5 は、送達ルーメンフィルタ 2 7 6 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 を具える。送達ルーメンフィルタ 2 7 6 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、フィルタが配置されている一又はそれ以上の位置を組織部位 2 0 5 からの流体 2 7 4 が通過しないあるいは流れないようにする。送達ルーメンフィルタ 2 7 6 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、流体 2 7 4 の流れを防止できるものであれば、疎水性フィルタ、親水性フィルタ、及び機械的バルブなど、どのようなフィルタでもよい。送達ルーメンフィルタ 2 7 6 又は回収ルーメンフィルタ 2 7 8 が機械的バルブである例では、ダックビルバルブなどの一方向バルブを使用することができる。

30

【 0 0 4 0 】

送達ルーメンフィルタ 2 7 6 は、組織部位 2 0 5 とドレッシング 2 1 5 の近傍にあるチューブ 2 3 5 の端部に連結されている。ここで用いられているように、「近傍」とは、別の物体位置、あるいは別の物体の近くを意味する。一例では、第 1 の物体が、第 2 の物体より特定の物体に対してより近くにある場合は、第 1 の物体は特定の物体に対して近傍にある。従って、チューブの第 1 の端部が組織部位 2 0 5 に対してチューブの第 2 の端部より近くにある場合は、チューブ 2 3 5 の第 1 の端部は組織部位 2 0 5 の近傍にある。送達ルーメンフィルタ 2 7 6 は、流体 2 7 4 がドレッシング 2 1 5 の一又はそれ以上の構成要素を通して送達ルーメン 2 7 0 に入るのを抑える又は防止している。したがって、流体 2 7 4 が複数の回収ルーメン 2 7 2 内に回収されている時でも、流体 2 7 4 に邪魔されることなく送達ルーメン 2 7 0 を介して連続的に減圧が適用される。

40

【 0 0 4 1 】

図 2 は、流体 2 7 4 が送達ルーメン 2 7 0 に入るのを防止している送達ルーメンフィル

50

タ 2 7 6 を示す図であるが、送達ルーメンフィルタ 2 7 6 も、流体 2 7 4 が送達ルーメン 2 7 0 に沿った特定のポイントを通過しないように配置されている。例えば、送達ルーメンフィルタ 2 7 6 は、チューブ 2 3 5 の端部から特定の距離だけ離れて送達ルーメン 2 7 0 の内に配置されており、流体 2 7 4 は送達ルーメンフィルタ 2 7 6 に邪魔されることなく送達ルーメン 2 7 0 の一部に入ることができる。送達ルーメンフィルタ 2 7 6 の配置と連結に関する更なる詳細は、図 4 乃至 6 に提供されている。

【 0 0 4 2 】

回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、減圧源 2 1 0 近傍にあるチューブ 2 3 5 の端部に連結されている。回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、流体 2 7 4 が減圧源 2 1 0 に入らないようにする、あるいは複数の回収ルーメン 2 7 2 から出ないようにしている。回収ルーメンフィルタ 2 7 8 の位置によっては、ドレッシング 2 1 5 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 との間の複数の回収ルーメン 2 7 2 は、組織部位 2 0 5 からの滲出液とその他の流体を受けることができるリザーバである。複数の回収ルーメン 2 7 2 は、減圧源 2 1 0 の影響を受けているので、組織部位 2 0 5 から、組織部位 2 0 5 近傍にあるマニフォールド 2 2 0 を通って、複数の回収ルーメン 2 7 2 へ流体が引き込まれる。流体用のスペースの体積は、複数の回収ルーメン 2 7 2 の直径と回収ルーメンの数、並びにドレッシング 2 1 5 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 間の各回収ルーメンの長さに依存する。例えば、複数の回収ルーメン 2 7 2 は、約 3 0 乃至 6 0 立方センチメートルの流体 2 7 4 を保持することができる。しかしながら、複数の回収ルーメン 2 7 2 の上述の物理的パラメータは、複数の回収ルーメン 2 7 2 がいかなる量の流体 2 7 4 でも保持できるような特別な実装に基づいて調整することができる。

【 0 0 4 3 】

複数の回収ルーメン 2 7 2 が流体で一杯になっても、複数の回収ルーメン 2 7 2 は続けて減圧源 2 1 0 から減圧を伝達することができる。複数の回収ルーメン 2 7 2 が、ドレッシング 2 1 5 と回収ルーメンフィルタ 2 7 8 の間で完全に流体 2 7 4 で一杯になると、減圧は複数の回収ルーメン 2 7 2 を通って伝達されなくなる。しかしながら、複数の回収ルーメン 2 7 2 が一杯になった後も、送達ルーメン 2 7 0 が減圧を伝達し続ける。

【 0 0 4 4 】

回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、減圧源 2 1 0 近傍のチューブ 2 3 5 の端部に連結されたものが示されているが、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、チューブ 2 3 5 に沿ったいずれの場所に配置されていてもよい。例えば、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、チューブ 2 3 5 の長さに沿った中央に配置することができる。この例では、流体 2 7 4 が回収ルーメンフィルタ 2 7 8 によってチューブ 2 3 5 の中央で邪魔されるまで、複数の回収ルーメン 2 7 2 を流体 2 7 4 で満たすことができる。従って、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、複数の回収ルーメン 2 7 2 に沿ったチューブ 2 3 5 の中央を流体 2 7 4 が通過しないようにする。この例では、複数の回収ルーメン 2 7 2 によって規定されたスペースの一部のみが、流体 2 7 4 で満たされる。

【 0 0 4 5 】

別の例では、減圧治療システム 2 0 0 が、複数の回収ルーメンフィルタを具えている。この例では、各回収ルーメンフィルタが、複数の回収ルーメン 2 7 2 の各回収ルーメンに沿って異なる位置に配置されている。従って、複数の回収ルーメン 2 7 2 の各回収ルーメンは、流体容量が異なる。

【 0 0 4 6 】

減圧治療システム 2 0 0 は滲出液の少ない組織部位の治療に用いられるので、複数の回収ルーメン 2 7 2 によって提供されるより少ない流体回収量は（専用のキャニスタと反対に）、より長い時間で治療を提供する減圧治療システム 2 0 0 の能力にほとんど影響しないか、まったく影響しない。減圧送達チューブと一体化した流体回収装置のコンパクト性が、患者の不快感を最小にすると共に、患者の移動度を最大にする。治療中は、複数の回収ルーメン 2 7 2 が流体 2 7 4 で完全に一杯になると、チューブ 2 3 5 を新しいチューブと容易に交換することができる。

【 0 0 4 7 】

チューブを交換する間に流体がこぼれる、あるいは治療中に流体がマニフォールド 2 2 0 に逆流するリスクを最小限にするために、複数の回収ルーメン 2 7 2 を乾燥材、吸収材、あるいはその他のトラッピング材で部分的に満たすあるいはこれをパッキングしておくことができる。このような吸収材及び/又はトラッピング特性を有する送達チューブの非限定的な実施例が、図 1 0 乃至 1 4 に示されている。

【 0 0 4 8 】

図 2 では、複数の回収ルーメン 2 7 2 の流体 2 7 4 を含有する部分に影が付けられており、流体 2 7 4 が減圧治療システム 2 0 0 のユーザに可視であることを示している。チューブ 2 3 5 は、少なくとも一の実質的に透明なチューブ部分を含み、これを通して流体 2 7 4 を見ることができる。例えば、一又はそれ以上の実質的に透明なチューブ部分は、透明材料でできたチューブ 2 3 5 上の窓である。これらの各窓は、各回収ルーメン 2 7 2 近傍にあるチューブ 2 3 5 の部分の上に延在していてもよい。

10

【 0 0 4 9 】

別の例では、チューブ 2 3 5 を透明材料で作ってもよい。このように、チューブ 2 3 5 の全体が透明であるため、流体 2 7 4 が可視である。例えば、滲出液などの組織部位 2 0 5 からの流体 2 7 4 は暗色をしているので、複数の回収ルーメン 2 7 2 内の流体レベルを、ユーザが容易に確かめることができる。

【 0 0 5 0 】

チューブ 2 3 5 は、区割 2 8 0 を含み、区割 2 8 0 は、複数の回収ルーメン 2 7 2 内の流体 2 7 4 の量を表示する。チューブ 2 3 5 が、透明窓などの一又はそれ以上の実質的に透明なチューブ部分を含んでいる例では、区割 2 8 0 を各窓に沿って設けることができる。各区割 2 8 0 は、流体 2 7 4 の特定の体積又は量に対応している。例えば、第 1 の区割 2 8 0 には、「5 c c」のラベルが付されており、それ以降の各区割には、5 立方センチメートルの増加分でラベルが付されている。特定の増加分の使用は、実装による。

20

【 0 0 5 1 】

図 3 を参照すると、図 2 に示す斜視断面表示 3 から見たチューブ 3 0 0 の断面図が示されている。図 3 に示すように、送達ルーメン 2 7 0 は、各回収ルーメン 2 7 2 より断面が大きい。しかしながら、一例では、送達ルーメン 2 7 0 の断面が、各回収ルーメン 2 7 2 の断面と同じか、それより小さい。送達ルーメン 2 7 0 と回収ルーメン 2 7 2 はまた、丸い断面形状を有している。しかしながら、送達ルーメン 2 7 0 と回収ルーメン 2 7 2 は、楕円形、多角形、あるいは不規則な断面形状など、どのような断面形状を有していてもよい。

30

【 0 0 5 2 】

各回収ルーメン 2 7 2 は、回収ルーメン 2 7 2 が円形パターンで送達ルーメン 2 7 0 を囲むように送達ルーメン 2 7 0 から等距離に示されている。しかしながら、送達ルーメン 2 7 0 と回収ルーメン 2 7 2 は、各回収ルーメン 2 7 2 が送達ルーメン 2 7 0 から異なる距離にあることを含めて、互いに対してどのような空間的構造を有していてもよい。更に、チューブ 3 0 0 は送達ルーメン 2 7 0 のような、二又はそれ以上の送達ルーメンを含み、任意数の回収ルーメン 2 7 2 がチューブ 3 0 0 に含まれていてもよい。一例では、チューブ 3 0 0 内の送達ルーメンの数が、回収ルーメンの数を超えている。

40

【 0 0 5 3 】

送達ルーメン 2 7 0 は、チューブ 3 0 0 の長手方向中央ラインに沿って配置されたものが示されている。しかしながら、送達ルーメン 2 7 0 は、チューブ 3 0 0 の長さにはわたる任意の縦軸に沿って配置するようにしてもよい。一例では、送達ルーメン 2 7 0 と回収ルーメン 2 7 2 は、チューブ 3 0 0 の長さにはわたって縦方向に延在する壁によって規定されている。この例では、二又はそれ以上の交差壁が四分円を規定しており、いずれもが、送達ルーメン又は回収ルーメンでありうる。

【 0 0 5 4 】

50

ここで、図4を参照すると、図2の斜視断面表示4から見たチューブ400の断面図が示されている。チューブ400は、送達ルーメン270の開口においてチューブ400に連結されている送達ルーメンフィルタ276を具える。送達ルーメンフィルタ276は、送達ルーメン270と同じかあるいは若干大きい断面を具えており、送達ルーメンフィルタ276によって流体が送達ルーメン270に確実に入らないようにしている。送達ルーメンフィルタ276は、いずれかの方法を用いてチューブ400の端部に連結することができる。例えば、送達ルーメンフィルタ276をチューブ400の端部に、溶接、ねじどめ、のり付け、ボルト止め、エアロックシール、スナップ止め、あるいはプレスすることができる。

【0055】

10

図5を参照すると、図4の斜視断面表示5から見たチューブ500の断面図が示されている。図5は、送達ルーメン270の開口が送達ルーメンフィルタ276によって邪魔されて、組織部位からの流体が送達ルーメン270に入れない状態を示している。特に、送達ルーメンフィルタ276は、送達ルーメン270の直ぐ外側に配置されており、突出部分277において、送達ルーメン270の径に送達ルーメンフィルタ276が突出している。送達ルーメンフィルタ276は、流体が送達ルーメン270に流れ込まないように十分な厚さを有する。回収ルーメン272の開口は、送達ルーメンフィルタ276によって塞がれておらず、回収ルーメン272は流体を受けて回収できる。

【0056】

20

図6を参照すると、チューブ600の断面図が示されており、ここでは、送達ルーメンフィルタ276が、図5に示す送達ルーメンフィルタ276と異なるサイズと構造を有する。特に、送達ルーメンフィルタ276は送達ルーメン270の直径とほぼ同じ直径を有し、送達ルーメン270によって規定されたスペースに送達ルーメンフィルタ276がフィットしている。送達ルーメンフィルタ276は送達ルーメン270の端部に配置されているが、送達ルーメンフィルタ276は送達ルーメン270の長さに沿ったいずれの個所に配置してもよい。この例では、送達ルーメンフィルタ276によって、送達ルーメンフィルタ276が送達ルーメン270に沿って配置されている位置を組織部位からの流体が通過しないようになっている。

【0057】

30

図7を参照すると、図2に示す斜視断面表示7からみたチューブ700の断面が示されている。チューブ700は、回収ルーメンフィルタ278を具える。回収ルーメンフィルタ278は、チューブ700の端部に連結されて示されている。また、チューブ700の端部から切り離して回収ルーメンフィルタ278が示されており、回収ルーメンフィルタの形状がよりわかるようにしている。回収ルーメンフィルタ278は、開口279を有するディスクである。チューブ700の端部に連結するときに、回収ルーメンフィルタ278は、回収ルーメン272を覆っているが、送達ルーメン270は覆っておらず、開口279が送達ルーメン270の開口にある。従って、回収ルーメンフィルタ278は、回収ルーメンフィルタ278によって回収された流体が、回収ルーメン272から出て行かないようにするとともに、図2に示す減圧源210などの減圧源に入らないようにする。しかしながら、減圧は回収ルーメンフィルタ278を通して適用され、回収ルーメン272は組織部位に減圧を伝達できる。回収ルーメンフィルタ278は、「O」字型のものが示されているが、回収ルーメンフィルタ278は一又はそれ以上の回収ルーメン272から流体が出て行くのを防げるものであれば、どのような形でもよい。例えば、気体は送達ルーメン270から出て行くことができるので、回収ルーメンフィルタ278は中央孔を持たないディスクでもよい。

40

【0058】

回収ルーメンフィルタ278は、任意の方法を用いてチューブ700の端部に連結することができる。例えば、回収ルーメンフィルタ278は、チューブ700の端部に、溶接、ねじどめ、のり付け、ボルト止め、エアロックシール、スナップ止め、あるいはプレスすることができる。

50

【 0 0 5 9 】

図 8 を参照すると、図 7 に断面斜視表示 8 から見たチューブ 8 0 0 の断面図が示されている。図 8 は、回収ルーメン 2 7 2 の開口が回収ルーメンフィルタ 2 7 8 によって塞がれており、組織部位からの流体が回収ルーメン 2 7 2 から出ることができない、又は減圧源に入ることができない状態を示す。特に、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、回収ルーメン 2 7 2 のすぐ外側に配置されており、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 が各回収ルーメン 2 7 2 の各径に突出して示されている。回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 の外に流体が流れないようにするのに十分な厚さを有している。送達ルーメン 2 7 0 の開口は、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 によって塞がれておらず、送達ルーメン 2 7 0 の開口と減圧源との間には障害物がない。

10

【 0 0 6 0 】

図 9 を参照すると、チューブ 9 0 0 の断面が示されており、ここでは、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 が、図 8 に示す回収ルーメンフィルタ 2 7 8 とは異なるサイズと構成を有する。特に、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は複数の回収ルーメンフィルタを具えており、この各フィルタが回収ルーメン 2 7 2 によって規定されるスペース内部に配置されている。各回収ルーメンフィルタ 2 7 8 の径は、各回収ルーメン 2 7 2 の径とほぼ同じであり、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 が回収ルーメン 2 7 2 にフィットするようになっている。この例では、各回収ルーメンフィルタが機械的なバルブであり、滲出液などの流体の流れを防止するが気体の流れは防止しないため、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 に減圧が流れるようになっている。回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は各回収ルーメン 2 7 2 の端部に配置されているが、回収ルーメンフィルタ 2 7 8 は回収ルーメン 2 7 2 の長さに沿ったどの位置に配置してもよく、これによって各回収ルーメン 2 7 2 の流体容量が決まる。回収ルーメンフィルタ 2 7 8 の各々は、各回収ルーメン 2 7 2 に沿って異なる位置に配置されており、従って各回収ルーメン 2 7 2 の流体容量は異なる。

20

【 0 0 6 1 】

図 1 0 及び 1 1 を参照すると、一実施例による送達チューブ 1 0 0 0 が示されている。特に、図 1 0 は、送達チューブ 1 0 0 0 の一部を破線で示した斜視図である。図 1 1 は、図 1 0 の 1 1 - 1 1 線に沿った送達チューブ 1 0 0 0 の断面図である。送達チューブ 1 0 0 0 は、図 1 の送達チューブ 1 3 5 や図 2 のチューブ 2 3 5 と別の非限定的な実施例である。送達チューブ 1 0 0 0 は、ルーメン 1 0 1 0 を具えており、図 1 に示す減圧源 1 1 0 などの減圧源からの減圧を、図 1 に示す組織部位 1 0 5 などの組織部位に伝達するよう動作可能である。送達チューブ 1 0 0 0 は、また、組織部位からの液体を受けるようにも動作可能である。特に、送達チューブ 1 0 0 0 を通って伝達された減圧は、組織部位からの液体をルーメン 1 0 1 0 に吸い込ませる。一実施例では、図 1 に示すドレッシング 1 1 5 などのドレッシングを通っても減圧が伝達され、図 1 に示すマニフォールド 1 2 0 や連結部材 1 4 5 などのドレッシングの構成部品を介して、送達チューブ 1 0 0 0 に液体が入る。図 1 0 及び 1 1 は、単一ルーメン 1 0 1 0 を有する送達チューブ 1 0 0 0 を示しているが、送達チューブ 1 0 0 0 は、ルーメン 1 0 1 0 などのルーメンを任意数具えていてもよい。

30

【 0 0 6 2 】

ルーメン 1 0 1 0 は溝 1 0 1 5 を具えており、この溝がルーメン 1 0 1 0 の内側面に細長い刻み目を形成している。溝 1 0 1 5 は、送達チューブ 1 0 0 0 の長さの少なくとも一部に沿って延在している。別の実施例では、溝 1 0 1 5 は、送達チューブ 1 0 0 0 の全長に沿って延在している。各溝 1 0 1 5 の壁は、ほぼ半円の断面形状を有する。しかしながら、いずれかの溝 1 0 1 5 の壁の断面形状は、多角形、楕円形、不規則形状など、どのような形でもよい。一例では、溝 1 0 1 5 の壁の断面形状が変化して、送達チューブ 1 0 0 0 の吸収容量を調整するようにしてもよい。

40

【 0 0 6 3 】

ルーメン 1 0 1 0 は、リブ 1 0 2 0 を具えている。溝 1 0 1 5 は、少なくとも一のリブ 1 0 2 0 によって互いに分離されている。図 1 0 及び 1 1 は、6 本の溝 1 0 1 5 と 6 つの

50

リブ１０２０を有するルーメン１０１０を示しているが、ルーメン１０１０は、任意数のルーメンとリブを具えていてもよい。例えば、溝の数を変更して、送達チューブ１０００の流体保持容量と吸収特性を調整することができる。

【００６４】

送達チューブ１０００は、吸収材１０２５を具えていてもよい。吸収材１０２５は、ルーメン１０１０内に配置されている。吸収材１０２５は、滲出液などの組織部位からの液体を吸収して保持するよう動作可能である。吸収材の非限定的な例には、高吸収繊維／粒子、ハイドロファイバー、カルボキシルメチルセルロースナトリウム、及び、アルギン酸塩が含まれる。吸収材１０２５は、ルーメン１０１０の内側面を少なくとも部分的に覆っている。別の実施例では、吸収材１０２５は、ルーメン１０１０の内側面全体を覆っている。

10

【００６５】

別の実施例では、吸収材１０２５が、溝１０１５全体にあるいは一部に配置されている。例えば、吸収材１０２５は各溝１０１５の内側面を覆っている。この実施例では、吸収材１０２５は、リブ１０２０を覆っている。各溝１０１５の内側面を含めて、ルーメン１０１０の内側面全体あるいは一部を覆うのに用いる吸収材１０２５の量を変化させて、送達チューブ１０００の吸収容量を増やすあるいは減らすことができる。

【００６６】

図１２を参照すると、図１０における１２－１２線に沿った送達チューブ１０００の断面が示されている。特に、図１２は、送達チューブ１０００の一部を示しており、ここでは、吸収材１０２５が組織部位からの液体で飽和して、飽和吸収材１２２５を形成している。飽和吸収材１２２５は、滲出液などの組織部位からの液体を保持することができる。送達チューブ１０００は、中央に減圧経路１２３０を具えており、吸収材が組織部位からの液体で飽和している場合でも、この経路が残る。従って、送達チューブ１０００は、ルーメン１０１０内の吸収材の全部あるいは一部が液体で飽和した場合でも、減圧を伝達し続けることができる。

20

【００６７】

図１３及び１４を参照すると、一実施例による送達チューブ１３００が示されている。特に、図１３は、送達チューブ１３００の一部を取り出して示す斜視図である。図１４は、図１３の１４－１４線に沿った送達チューブ１３００の断面図である。送達チューブ１３００は、図１に示す送達チューブ１３５又は図２に示すチューブ２３５の別の非限定的な実施例である。

30

【００６８】

送達チューブ１３００は、ルーメン１４１０を具えており、これは、図１０に示すルーメン１０１０の非限定的な例である。ルーメン１４１０は、吸収コア１３２５を具える。吸収コア１３２５は、組織部位からの液体を吸収するよう動作可能である。一の実施例では、吸収コア１３２５は、組織部位からの液体を吸収すると膨張する。一の実施例では、吸収コア１３２５は、図１０及び１１に示す吸収材１０２５と同じ又は同様の材料でできている。別の実施例では、吸収コア１３２５は、吸収材を含むフォーム材であり、図１０及び１１に示す吸収材１０２５と同じ又は同様の材料を具えている。吸収コア１３２５は、ポリビニルアルコールなどの水溶性ポリマで作ってもよい。

40

【００６９】

送達チューブ１３００が、ほぼ真っ直ぐである場合、吸収コア１３２５はほぼ円筒形状をしている。吸収コア１３２５は、図１４に示すように、実質的に断面円形をしている。送達チューブ１３００と吸収コア１３２５はフレキシブルなので、ほぼ円筒状の吸収コア１３２５は様々な方向に曲げることができる。

【００７０】

ルーメン１４１０は、溝１３１６及び１３１８を具えており、これらは図１０及び１１の溝１０１５の非限定的な例である。図１３及び１４の例では、滲出液などの液体が溝１３１８に含まれている。逆に、溝１３１６には、液体は含まれていない。一の実施例では

50

、溝 1 3 1 6 及び 1 3 1 8 は、ギャップ 1 3 4 0 などのギャップを介して互いに液通している。この実施例では、液体は溝 1 3 1 6 及び 1 3 1 8 のいずれにも流れる。溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 の存在によって、減圧が伝達される開通路を確実に維持するようにしている。送達チューブ 1 3 0 0 を曲げることができるあるいは柔軟である場合にこのような開通路を維持することができる。ルーメン 1 4 1 0 のその他の断面形状を用いても、このような開通路を確保することができる。

【 0 0 7 1 】

一の実施例では、溝 1 3 1 6 は、減圧源から減圧を送達する減圧送達溝であり、この実施例では、溝 1 3 1 8 は組織部位からの液体を保持する回収溝である。総溝数のうち任意数の減圧溝と任意数の回収溝がある。また、一の実施例では、溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 の一方又は双方が、図 1 1 に示す吸収材 1 0 2 5 などの吸収材で被覆されていてもよい。吸収コア 1 3 2 5 の外側面 1 3 2 7 も、吸収材で被覆するようにしてもよい。

10

【 0 0 7 2 】

別の実施例では、吸収コア 1 3 2 5 の外側面 1 3 2 7 とリブ 1 3 2 0 との間が直接接触していることによって各溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 の間の液通が防止されている。この実施例では、吸収コア 1 3 2 5 が液体を吸収した後に膨張すると、一の溝から他の溝へ液体が流れなくなるようになっている。別の実施例では、壁、膜、あるいはその他の部材で吸収コア 1 3 2 5 の外側面 1 3 2 7 を各リブ 1 3 2 0 a 及び 1 3 2 0 b に連結して、溝 1 3 1 8 から溝 1 3 1 6 へ液体が通過できないようになっている。この実施例では、溝 1 3 1 6 が減圧送達溝であり、送達チューブ 1 3 0 0 によって吸収された液体の量に関係なく、常に減圧を伝達することができる。又、この実施例では、図 2 に示す送達ルーメンフィルタ 2 7 6 などのフィルタを組織部位近傍の送達チューブ 1 3 0 0 の端部に配置して、組織部位からの液体が溝 1 3 1 6 に入らないようにしている。例えば、このフィルタは、組織部位近傍の送達チューブ 1 3 0 0 の端部の上の溝 1 3 1 6 の入口を覆っている。

20

【 0 0 7 3 】

別の実施例では、吸収コア 1 3 2 5 が送達チューブ 1 3 0 0 へ引きこまれた液体を吸収することができ、溝 1 3 1 6 にも 1 3 1 8 にも液体が含まれないようにしている。この実施例では、吸収コア 1 3 2 5 が液体で飽和すると、溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 のいずれかが液体を回収し始める。この実施例では、吸収コア 1 3 2 5 が吸収容量がまだある間は、溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 のすべてが組織部位に減圧を伝達するようにしてもよい。別の実施例では、ルーメン 1 4 1 0 が溝を有しておらず、ほぼ円形の断面形状を有するようにしてもよい。

30

【 0 0 7 4 】

吸収コア 1 3 2 5 は、ルーメン 1 4 1 0 内で移動可能であってもよい。例えば、吸収コア 1 3 2 5 は、多方向矢印 1 3 4 5 によって示すように、その方向に移動することができる。従って、溝 1 3 1 6 と 1 3 1 8 の各々が互いに液通している場合は、送達チューブ 1 3 0 0 が柔軟であるときの吸収コア 1 3 2 5 の動きが、溝間の液体の移動を容易にすると共に、減圧の伝達も容易にする。

【 0 0 7 5 】

一の実施例では、いずれかの実施例の記載されているように、組織部位からの液体を保持する方法が組織部位と液通している送達チューブを配置するステップを具える。この方法は、また、送達チューブの少なくとも一のルーメンに減圧を供給して、組織部位からの液体を当該少なくとも一のルーメンに引き込むステップを具える。この方法は、また、この少なくとも一のルーメン内の吸収材を用いて組織からの液体を吸収して、組織部位からの液体をこの少なくとも一のルーメンに保持するステップを具える。一の実施例では、この方法はまた、図 1 に示すマニフォールド 1 2 0 などのマニフォールドを組織部位に適用するステップを具える。この実施例では、組織部位と液通する送達チューブを配置するステップが、マニフォールドを介して組織部位と液通する送達チューブを配置するステップを具える。

40

【 0 0 7 6 】

50

一の実施例では、組織部位からの液体を保持する送達チューブを製造する方法が、少なくとも一のルーメンを有する送達チューブを形成するステップを具える。この方法で形成した送達チューブは、図に示すいずれかの実施例によるものである。この方法は、また、ルーメン内に吸収材を提供するステップを具える。この吸収材は、組織部位から滲出液などの液体を吸収するように動作可能である。この方法は、また、図10に示す吸収材1025などの吸収材を、少なくとも一のルーメンに適用するステップを具える。一の実施例では、吸収材は、図13に示す吸収コア1325などの吸収コアである。別の実施例では、少なくとも一のルーメンに吸収材を適用するステップが、少なくとも一のルーメンの内側面の少なくとも一部を吸収材でコーティングするステップを具えている。

【0077】

10

図15を参照すると、図1に示す減圧治療システム100の非限定的な例である減圧治療システム1500が実施例に従って示されている。特に、減圧治療システム1500は、図1に示す減圧フィードバックシステム155の非限定的な例を含む。減圧治療システム1500は減圧源1510を具え、これは、組織部位1505に適用される減圧を生成する。

【0078】

減圧治療システム1500は、また、送達チューブ1535の二つの部分間に配置された表示器ハウジング1585を具える。送達チューブ1535は、図1に示す送達チューブ135の非限定的な例である。表示器ハウジング1585は、連結部分1586を具える。連結部分1586は、送達チューブ1535の一の部分から、送達チューブ1535の別の部分へ減圧を伝達する。連結部分1586は、また、送達チューブ1535に含まれる減圧と同量あるいは同じような量の減圧を含む。表示器ハウジング1585は表示器1588を具えており、これは、表示器ハウジング1585のチューブ部分1590に沿った開口に摺動可能に連結されている。表示器1588は、円筒形状を有していてもよい。表示器1588は、また、楕円形又は多角形の断面形状を有していてもよい。表示器1588は、赤、オレンジ、黄色などどのような色であってもよい。

20

【0079】

表示器1588は、減圧治療システム1500に存在するある量の減圧に応答して、所望の又は治療量の減圧が組織部位1505に適用されているかどうかをユーザが決定することができるようになっている。特に、表示器1588は、軸1592に沿った複数位置に移動可能である。この複数の位置には、引っ込んだ位置が含まれている。引っ込んだ位置において、表示器1588は、チューブ部分1590内に完全にあるいは部分的に引き込まれて、表示器1588をユーザが部分的にあるいは完全に見ることができなくなる。複数の位置は、延長した位置を具えていてもよい。図15では、表示器1588が延長位置にある状態が示されている。延長位置においては、表示器1588は完全に、あるいは部分的にチューブ位置1590から突出しており、ユーザが表示器1588を見ることができる。複数の位置は、完全に延長した位置と完全に引っ込んだ位置との間の任意の位置を具えていてもよい。

30

【0080】

減圧治療システム1500は、また、表示器1588に連結されて、チューブ位置1590に配置されたスプリングなどの圧縮部材を具えている。図15には圧縮部材は示されていないが、図16及び17において以下に詳細に述べる。圧縮部材は表示器1588にバイアス力をかけて、表示器1588を延長位置に向けてバイアスする。このバイアス力は、矢印1593で示す方向にかかる。

40

【0081】

表示器ハウジング1585は、送達チューブ1535の二つの部分間に配置されたものが示されているが、組織部位1505に適用されている減圧が検出できるところであれば、表示器ハウジング1585は減圧治療システム1500のどこに配置してもよい。例えば、表示器ハウジング1585は、表示器1588と共にシーリング部材1525又は連結器1545を含むドレッシング1515のどこに配置してもよい。破線で示す表示器1

50

５９４は、表示器１５８８と共に、表示器ハウジング１５８５がシーリング部材１５２５の上に配置されている例を示す。別の例では、減圧源１５１０をドレッシング１５１５に連結している単一の送達チューブの一方の端部に、表示器１５８８と共に表示器ハウジング１５８５を配置することができる。

【００８２】

一の実施例では、表示器１５８８が、減圧源１５１０からの減圧が存在して、引っ込んだ位置に移動している。特に、表示器１５８８は、送達チューブ１５３５と連結部分１５８６に減圧が存在するときに、引っ込んだ位置に移動する。引っ込んだ位置に移動する際に、表示器１５８８は、矢印１５９３によって表示される方向に圧縮部材によってかかっているバイアス力に打ち勝たなくてはならない。連結部分１５８６内の十分に高い減圧によって、このバイアス力に打ち勝って、表示器１５８８を引っ込んだ位置に引っ張ることができる。このバイアス力に打ち勝つのに必要な量の減圧は、圧縮部材によってかかるバイアス量に依存する。圧縮部材がコイルばねであるこの例では、コイルばねのばね定数によって、表示器１５８８を引っ込んだ位置に引っ張るのに必要な減圧の量が決まる。

【００８３】

一の例では、送達チューブ１５３５内の減圧が第１のスレッシュホールド減圧を超えると、表示器１５８８は引っ込んだ位置に移動する。この第１のスレッシュホールド減圧はユーザが決めることができ、圧縮部材によってかかるバイアス力を変化させることによって実装することができる。例えば、ユーザは、表示器１５８８を引っ込んだ位置に引っ張るために、送達チューブ１５３５の減圧が治療用減圧を超えるのに必要なばね定数を有する圧縮部材を選択することができる。一の実施例では、減圧源によって生じるゲージ圧が、約－１２５水銀柱mmと同じかこれより低くなると、表示器１５８８が引っ込んだ位置に移動する。このように、減圧治療システム１５００のユーザは、表示器１５８８がチューブ位置１５９０から突出していないことを観察することによって、治療用減圧が組織部位１５０５に適用されていることを視覚的に検出することができる。

【００８４】

別の実施例では、送達チューブ１５３５の減圧が第２のスレッシュホールド減圧より低い時に、圧縮部材が表示器１５８８を延長位置にバイアスする。一例では、第１のスレッシュホールド減圧が、第２のスレッシュホールド減圧と同じである。別の例では、第１のスレッシュホールド減圧が第２のスレッシュホールド減圧と異なり、減圧が第１のスレッシュホールド減圧を超えると表示器が完全に引っ込んだ位置になり、減圧が第２のスレッシュホールド減圧より低いと完全に延長した位置になる。この実施例では、減圧が第１及び第２のスレッシュホールド減圧の間にあるときは、表示器１５８８は完全に引っ込んだ位置と完全に延長した位置の中間位置にある。

【００８５】

別の実施例では、送達チューブ１５３５に減圧がない時に、圧縮部材が表示器１５８８を延長した位置にバイアスする。一例では、減圧がないのは減圧源１５１０のスイッチが切れているためである。減圧がないか、スレッシュホールド減圧より低いと、チューブ位置１５９０における圧縮部材が表示器１５８８をバイアスしてチューブ位置１５９０から突出させ、表示器１５８８がチューブ位置１５９０から突出していることを観察することによって、治療用減圧が組織部位１５０５に適用されていないことをユーザが視覚的に検出することができる。したがって、ユーザは組織部位１５０５に治療用減圧を適用するのに必要な動作を行うことができる。送達チューブ１５３５内の減圧がない、あるいはスレッシュホールド減圧より低い一つの理由は、送達チューブ１５３５内に、あるいは減圧治療システム１５００のどこかに漏れがあるためである。この状況では、表示器１５８８が延長した位置にあるときにあり得る漏れに対してユーザが警告を受ける。

【００８６】

図１６を参照すると、図１５に示すような減圧フィードバックシステム１６００が、実施例に従って示されている。特に、表示器１５８８は、減圧フィードバックシステム１６００において延長した位置にある。

【 0 0 8 7 】

連結部分 1 5 8 6 は、送達チューブ 1 5 3 5 の二つの部分に摺動可能に係合して密封フィットを形成している。表示器ハウジング 1 5 8 5 の連結部分 1 5 8 6 も、様々な方法で、送達チューブ 1 5 3 5 の二つの部分に密封係合することができる。例えば、連結部分 1 5 8 6 は、送達チューブ 1 5 3 5 の二つの部分に、溶接、ねじ止め、のり付け、ボルト止め、エアーロック密封、あるいはスナップ止めをすることができる。

【 0 0 8 8 】

減圧フィードバックシステム 1 6 0 0 では圧縮部材がコイルばねである。表示器ハウジング 1 5 8 5 のチューブ部分 1 5 9 0 はベース 1 5 9 6 を具えており、このベースにコイルばね 1 5 9 5 の一端が連結されている。しかし、コイルばね 1 5 9 5 のこの端部は表示器 1 5 8 8 には取り付けられておらず、コイルばねを用いて表示器 1 5 8 8 にバイアス力がかかる表示器ハウジングの別の部分に取り付けることができる。チューブ部分 1 5 9 0 の内側面は筒状開口であり、これに沿って表示器 1 5 8 8 が引っ込んだ位置及び延長した位置にスライドすることができる。コイルばね 1 5 9 5 は、筒状壁の一部を形成している複数の波形部分 1 5 9 7 によって保持されている。波形部分 1 5 9 7 によって、チューブ部分 1 5 9 0 の内側壁に横方向の応力が生じることなく、筒状壁が圧縮され、膨張する。

【 0 0 8 9 】

減圧フィードバックシステム 1 6 0 0 は、また、キャップ 1 5 9 8 を具えている。キャップ 1 5 9 8 は、透明材料でできており、これによって、表示器 1 5 8 8 が延長した位置にあるときに、ユーザが表示器 1 5 8 8 を見ることができる。一例では、キャップ 1 5 9 8 も表示器ハウジング 1 5 8 5 の残りの部分に密封係合されており、減圧が表示器ハウジング 1 5 8 5 の筒状開口を通して逃げて行かないようにしている。

【 0 0 9 0 】

上述したように、コイルばね 1 5 9 5 は、どのようなばね定数を有していてもよい。コイルばね 1 5 9 5 のばね定数が、延長した位置に向けて表示器 1 5 8 8 に力がかかるバイアス力を決める。一の実施例では、コイルばね 1 5 9 5 が、送達チューブ 1 5 3 5 内のゲージ圧が約 - 1 2 5 水銀柱 mm を超える時に、延長した位置に表示器 1 5 8 8 をバイアスするようばね定数を、コイルばね 1 5 9 5 が有している。その他のばね定数を有するその他のコイルばねを用いて、送達チューブ 1 5 3 5 内の絶対圧力が、所望の治療用減圧スレッシュホールドなどその他の全体圧力スレッシュホールドを超えると、表示器 1 5 8 8 を延長した位置にバイアスするようにしてもよい。

【 0 0 9 1 】

図 1 7 を参照すると、減圧フィードバックシステム 1 6 0 0 の非限定的な実施例である減圧フィードバックシステム 1 7 0 0 が実施例に従って示されている。特に、減圧フィードバックシステム 1 7 0 0 は、引っ込んだ位置にある表示器 1 5 8 8 を示している。表示器 1 5 8 8 が引っ込んだ位置にあるとき、送達チューブ 1 5 3 5 からの減圧が、波形部分 1 5 9 7 で形成された筒状壁を通して表示器 1 5 8 8 に伝達される。この減圧が、表示器 1 5 8 8 に、コイルばね 1 5 9 5 によって対向する方向にかかるバイアス力に打ち勝つに十分な引張力をかける。このように、表示器 1 5 8 8 は透明なキャップ 1 5 9 8 の外に引っ張られ、減圧治療システムのユーザの視界から外れる。表示器 1 5 8 8 がキャップ 1 5 9 8 から見えなくなるということは、治療用圧力が組織部位に与えられていることをユーザに示している。別の実施例では、キャップ 1 5 9 8 は、表示器 1 5 8 8 が引っ込んだ位置にあるときにキャップ 1 5 9 8 もチューブ部分 1 5 9 0 内に引っ込むように、表示器 1 5 8 8 に連結されている。

【 0 0 9 2 】

図 1 8 を参照すると、図 1 5 に示す減圧フィードバックシステムの非限定的な実施例である減圧フィードバックシステム 1 8 0 0 が、実施例に従って示されている。図 1 8 に示す斜視図は、表示器 1 5 8 8 と、キャップ 1 5 9 8 と、チューブ部分 1 5 9 0、並びに表示器 1 5 8 8 が突出している開口 1 5 9 9 の円形断面図である。しかしながら、これらの構成部品は、楕円形、多角形などどのような断面であってもよい。

【 0 0 9 3 】

図 1 9 を参照すると、送達チューブ 1 5 3 5 における減圧と、表示器 1 5 8 8 の位置 (図 1 5 に示す) との間の関係を示すグラフが、実施例に従って示されている。グラフ 1 9 0 0 に示すように、送達チューブ 1 5 3 5 における減圧が増えると、表示器 1 5 8 8 が完全に引っ込んだ位置に移動する。一の実施例では、表示器 1 5 8 8 は、グラフィックライン 1 9 1 0 で表示するように完全に引っ込んだ位置に向けて直線状に移動する。減圧と表示器 1 5 8 8 の位置間の関係は、グラフィックライン 1 9 1 5 と 1 9 2 0 で示すように、その他のパターンをとってもよい。階段状パターンなどのその他のパターンも、減圧と表示器 1 5 8 8 の位置間の関係の特徴づけている。一例では、表示器 1 5 8 8 は、減圧が 1 2 5 水銀柱 mm の絶対圧力に対応しているときに、完全に引っ込んだ位置にある。

10

【 0 0 9 4 】

図 2 0 を参照すると、図 2 に示す減圧治療システム 2 0 0 などの減圧治療システムが実装されているプロセスが、実施例に従って示されている。このプロセスは、送達チューブ内の複数のルーメンを介して組織部位に減圧を提供する (ステップ 2 0 0 5) 。このプロセスは、複数ルーメン中の少なくとも一の回収ルーメン内に、組織部位からの流体を保持する (ステップ 2 0 1 0) 。このプロセスは、送達チューブ上の複数の区割に基づいて少なくとも一の回収ルーメン内の流体の流体レベルを決定する (ステップ 2 0 1 5) 。

【 0 0 9 5 】

図 2 1 を参照すると、図 1 0 に示す減圧治療システム 1 0 0 0 などの減圧治療システムが実装されているプロセスが、実施例に従って示されている。このプロセスは、減圧源を用いて組織部位に減圧を適用する (ステップ 2 1 0 5) 。このプロセスは、送達チューブ又は減圧治療システムのその他の構成要素内にスレッシュホールド量の減圧が存在するかどうかを決定する (ステップ 2 1 1 0) 。このプロセスが、スレッシュホールド量の減圧が存在しないと決定すると、圧縮部材を用いて表示器を延長した位置に移動させる。次いで、このプロセスはステップ 2 1 0 5 に戻る。ステップ 2 1 1 0 に戻って、プロセスがスレッシュホールド量の減圧が存在すると決定すると、表示器を引っ込んだ位置に移動させる (ステップ 2 1 2 0) 。

20

【 0 0 9 6 】

図に示す様々な実施例におけるフローチャートとブロック図は、本装置と方法のいくつかのありうる実装例の構造、機能及び動作を示している。いくつかの代替の実装例では、ブロックに示される機能が、図に示す順番でなく生じていてもよい。例えば、いくつかの場合では、連続して示されている二つのブロックがほぼ同時に行われてもよく、あるいは、このブロックは関連する機能によっては、逆の順番で実行することもできる。

30

【図 1】

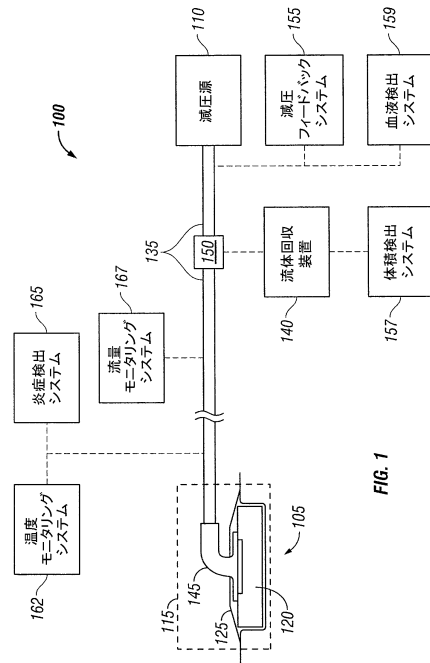


FIG. 1

【図 2】

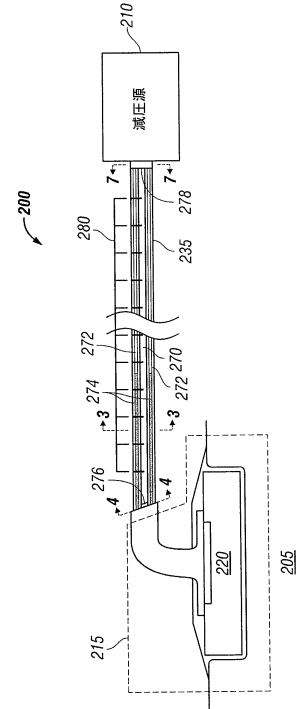


FIG. 2

【図 3】

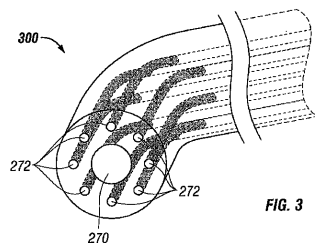


FIG. 3

【図 4】

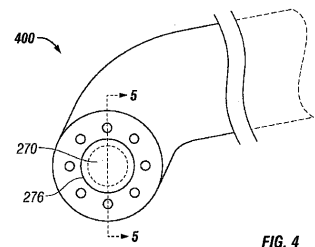


FIG. 4

【図 5】

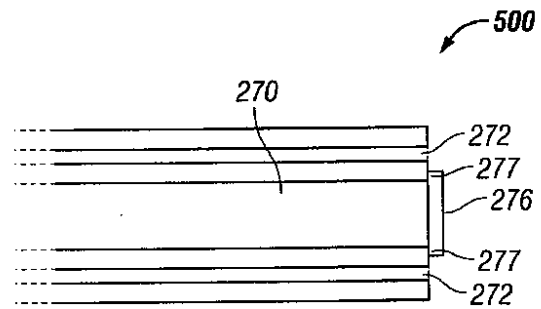


FIG. 5

【図 6】

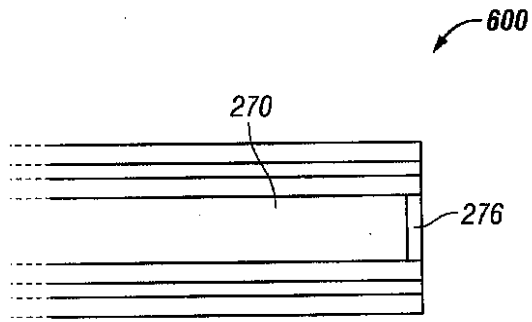


FIG. 6

【図 8】

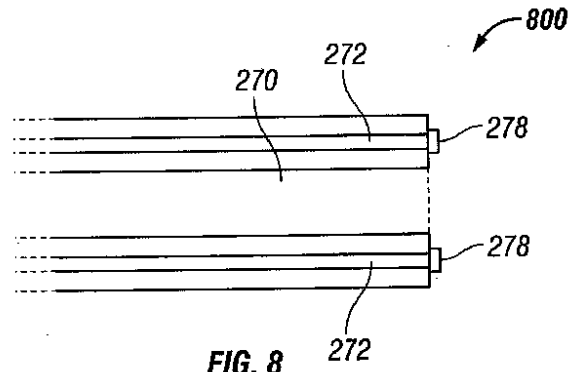


FIG. 8

【図 7】

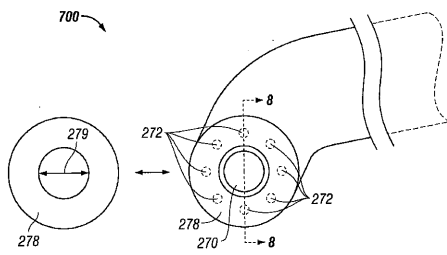


FIG. 7

【図 9】

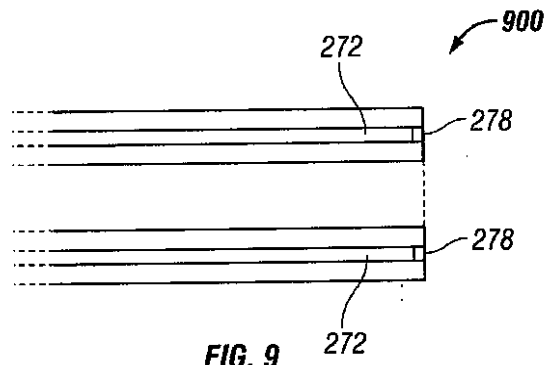


FIG. 9

【図 10】

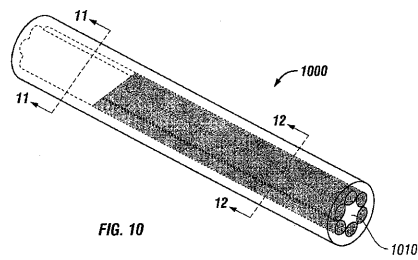


FIG. 10

【図 12】

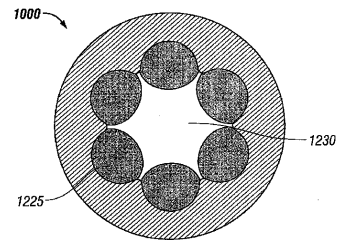


FIG. 12

【図 11】

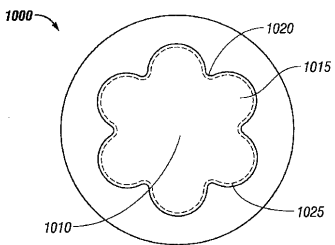


FIG. 11

【図 13】

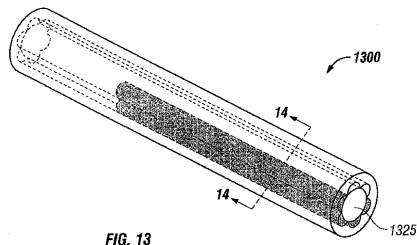


FIG. 13

【図 14】

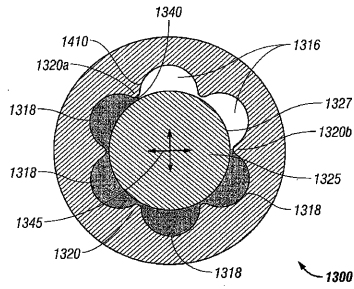


FIG. 14

【図 15】

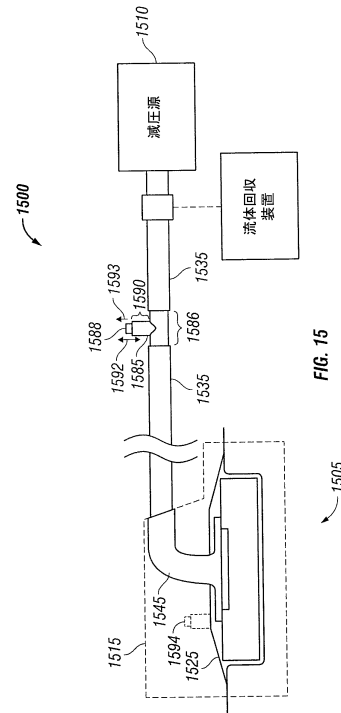


FIG. 15

【図 16】

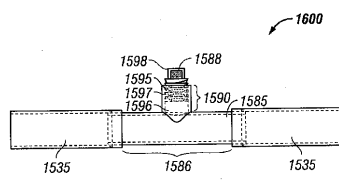


FIG. 16

【図 17】

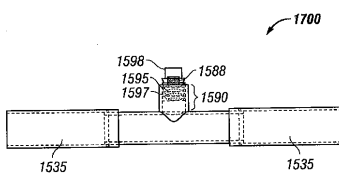


FIG. 17

【図 18】

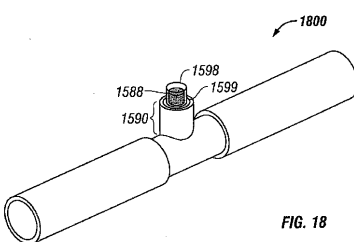


FIG. 18

【図 19】

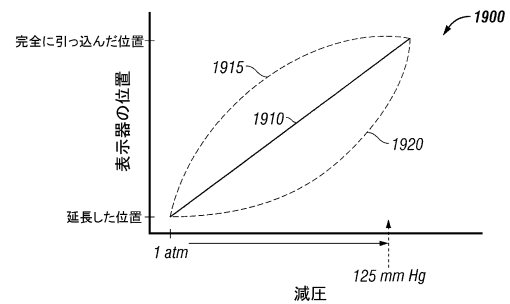


FIG. 19

【図 20】

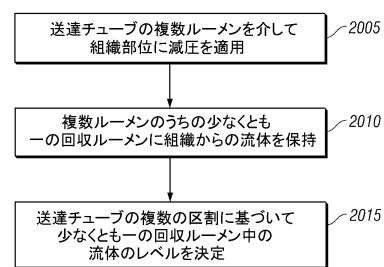


FIG. 20

【図 21】

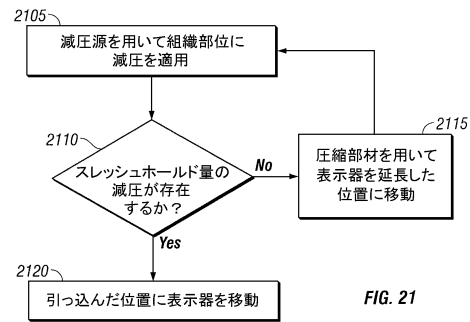


FIG. 21

フロントページの続き

- (72)発明者 ロビンソン, ティモシー マーク
イギリス ハンプシャー州 アールジー 2 3 8 エイチエイチ, ページングストーク, ウェリントンテラス 2 7
- (72)発明者 ロック, クリストファー ブライアン
イギリス ドーセット州 ビーエイチ 4 3 エスディー, ボーンマス, ボスワースミューズ 6
- (72)発明者 タウト, エイダン マーカス
イギリス ウィルトシャー州 エスピー 5 3 エフイー, アルダーベリー, コリングウッドクロース 9

合議体

審判長 長屋 陽二郎

審判官 平瀬 知明

審判官 熊倉 強

- (56)参考文献 特表 2 0 1 0 - 5 1 7 6 8 2 (J P , A)
特開 2 0 0 1 - 2 5 2 3 4 9 (J P , A)
国際公開第 2 0 0 8 / 1 0 0 4 4 6 (W O , A 2)

(58)調査した分野(Int.Cl. , D B 名)

A61M 27/00

A61M 1/00

A61B 17/00

A61L 31/00