

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 特 許 公 報 (B2)

(11) 特許番号

特許第4913602号
(P4913602)

(45) 発行日 平成24年4月11日 (2012. 4. 11)

(24) 登録日 平成24年1月27日 (2012. 1. 27)

(51) Int. Cl.

F I

A 6 1 F	2/06	(2006. 01)	A 6 1 F	2/06	
A 6 1 F	2/04	(2006. 01)	A 6 1 F	2/04	
A 6 1 F	2/84	(2006. 01)	A 6 1 M	29/00	
A 6 1 L	27/00	(2006. 01)	A 6 1 L	27/00	P
A 6 1 L	29/00	(2006. 01)	A 6 1 L	29/00	W

請求項の数 10 (全 25 頁)

(21) 出願番号 特願2006-542715 (P2006-542715)
 (86) (22) 出願日 平成16年12月2日 (2004. 12. 2)
 (65) 公表番号 特表2007-512910 (P2007-512910A)
 (43) 公表日 平成19年5月24日 (2007. 5. 24)
 (86) 国際出願番号 PCT/US2004/040242
 (87) 国際公開番号 W02005/056073
 (87) 国際公開日 平成17年6月23日 (2005. 6. 23)
 審査請求日 平成19年12月3日 (2007. 12. 3)
 (31) 優先権主張番号 60/526, 522
 (32) 優先日 平成15年12月3日 (2003. 12. 3)
 (33) 優先権主張国 米国 (US)

(73) 特許権者 501083115
 メイヨ・ファウンデーション・フォー・メ
 ディカル・エデュケーション・アンド・リ
 サーチ
 アメリカ合衆国、ミネソタ州 55905
 、ロチェスター、ファースト・ストリート
 ・サウスウエスト 200
 (74) 代理人 100099759
 弁理士 青木 篤
 (74) 代理人 100077517
 弁理士 石田 敬
 (74) 代理人 100087413
 弁理士 古賀 哲次
 (74) 代理人 100089901
 弁理士 吉井 一男

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 医用デバイスに生細胞を磁気的にコーティングするためのキット、装置、および方法

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

医用 (medical) デバイスをインビボ (in vivo) で磁気的にコーティングするためのキ
 ャットであって：

磁気的接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイス；および

インビボで生物導管内に画定された体積を与える (creating) ためのカテーテルであ
 って；該カテーテルが、

該生物導管に展開されたときに該導管を閉じることができる少なくとも一つのシールで
 あって、該導管を形成するために使用されるシール；

該カテーテルの近位端から該少なくとも一つのシールに近い場所まで延びる液体管腔
 (lumen)；および

該少なくとも一つのシールの近くの該液体管腔の開口を含むものである；を含むキ
 ャットであり；

該液体管腔における液体が、該シールの近くで該カテーテルを出てゆく (exiting) こ
 とができることを特徴とするキット。

【請求項 2】

該埋め込み可能な医用デバイスが、血管ステント、脈管グラフト (vascular graft)、
 生物導管 (biologic conduit) のための人工補装具 (prosthesis)；心臓弁、人工心臓、
 左心室補助デバイス、および電子リードからなる群から選択されることを特徴とする請求
 項 1 に記載のキット。

10

20

【請求項 3】

該少なくとも一つのシールが一对のシールを含み、該一对のシールが該生物導管内で展開されたときに該画定された体積が、該一对のシールによって囲まれることを特徴とする請求項 1 に記載のキット。

【請求項 4】

前記カテーテルが、生物導管内で展開されたときに該生物導管を閉鎖可能なただ一つのシールを含み、且つ前記液体管腔の開口が、該シールの上流側に配置される請求項 1 に記載のキット。

【請求項 5】

前記カテーテルが、生物導管内で展開されたときに該生物導管を閉鎖可能なただ一つのシールを含み、且つ前記液体管腔の開口が、該シールの下流側に配置される請求項 1 に記載のキット。

10

【請求項 6】

更に、磁気チャージを複数の生物細胞と関連づける (associating with) 手段を含む請求項 1 に記載のキット。

【請求項 7】

更に、該カテーテルにおける液体管腔を通して該画定された体積に送給する液体を含む請求項 1 に記載のキット。

【請求項 8】

近位端と遠位端を有する医療等級カテーテル；および

20

該カテーテルに操作的に取り付けられた磁場発生器；を含み、該磁場発生器は該カテーテルの遠位端の近くに配置され、該磁場発生器を被験者の生物導管を通して前進させることができることを特徴とする請求項 1 に記載のキット。

【請求項 9】

該磁場発生器が永久磁石を含むことを特徴とする請求項 8 に記載のキット。

【請求項 10】

該磁場発生器が電気コイルを含み、該キットが更に、該電気コイルに取り付けられ該カテーテルの近位端の方へ延びている電気リードを含み、電気エネルギーを該電気リードによって該電気コイルに送給できることを特徴とする請求項 8 に記載のキット。

【発明の詳細な説明】

30

【技術分野】

【0001】

関連出願

本出願は、2003年12月3日に出願された、「生細胞 (living cells) による磁気的医用デバイスのコーティング」という表題の米国特許仮出願第 60 / 526,522 の利益を主張し、同仮出願を参照することにより、全体を本明細書に取り込む。

【背景技術】

【0002】

医用デバイスの分野で、特に埋め込み可能な医用デバイスの分野で繰り返し生ずる問題は、それらが収容される環境に適合する表面を設ける必要があるということである。

40

【0003】

患者の血流と接触する埋め込み可能な医用デバイスに関連した問題としては、例えば、急性の血栓症の危険およびインプラント表面の慢性的な不安定性 - 石灰化など - がある。例えば、循環系の一部として埋め込まれた人工補装具の表面が、その人工補装具の機能性と開存率を決める決定的な因子になる可能性がある。血液に対するその表面の適合性が低いことが、殆ど常にそれらのインプラントの限界の主な原因となっており、時間と共に心臓弁の機能が失われたり、又は急性の血栓症や内膜の肥厚などによる小さな直径の導管の低い開存率になったりする。人工移植片の表面を修飾して血栓症や内膜肥厚に関連した開存率の低さという問題を解決しようとする試みは、一般に、貧しい長期的結果しか示していない。米国特許出願公開第US 2003 / 0082148 A1 (Ludwigら) で論じられてい

50

るように、これらの表面が持続的に抗血栓生物活性を維持できないためである。

【0004】

人工移植片など、血液に接触するインプラントに用いられる表面修飾方法の一つは“内皮細胞播種 (endothelial seeding)”である。インビトロの内皮細胞播種は、生存可能な内皮細胞を用いて、それを人工補装具の血液に接触する表面に、例えば移植血管の管腔表面に播種して自然の血管表面を模倣する。この表面修飾方法は、生存可能な内皮細胞によって融合性の、生物的に活性な表面を生成することを目標としており、この表面は定義からして抗血栓的である。

【0005】

しかし、デバイスの表面に適当な細胞を保持することで問題が生ずる。血管移植片上の内皮細胞の保持を改善するための方法は、例えば米国 特許第 5,037,378 (Muller ら) に記載されている。別のアプローチ (例えば米国 特許第 4,804,382 (Turina ら) に記載されている) では、内皮細胞は半透膜に塗布され、半透膜の孔は水性ゲルが充填されて内皮細胞の被覆を可能にしている。播種後に内皮細胞が失われることを防止する別のアプローチは、移植管腔の表面を修飾して内皮細胞に対する付着性を高めるものである。表面修飾方法としては、蛋白質の糊又はマトリックスを隙間にデポジットさせる、移植片の表面に蛋白質を吸着させる、付着を促進するリガンド、ペプチド、又は蛋白質を化学的修飾又は気体プラズマ処理によって導入された官能基に共有結合で固定する、などのやり方がある。内皮細胞の損失を防止し、人工的移植片の開存率を改善する別の方法は、

10

20

【0006】

移植片表面に内皮細胞やその他の細胞を保持する更に別の方法は、米国 特許 出願公開第 US 2003/0082148 A1 (Ludwig ら) に記載されている。この文献に開示されている一つの方法は、例えばリガンドを用いて標的細胞をインビボで補充するというものであり、リガンドとしては標的細胞の表面に存在する分子の結合パートナーである分子などが用いられる。別の方法は、磁力を用いて標的細胞をインビボで補充するものである。標的細胞は磁氣的にチャージされて患者の血流内に放出される。磁氣的にチャージした標的細胞が磁氣的には移植片の近くを通るとき、それが表面に捕獲される。

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

30

【0007】

しかし、残念ながら、インビボ補充法にはいくつか欠点がある。著しい欠点の一つは、表面が及ぼす磁力が標的細胞を引きつけるのに充分かどうかを埋め込みの前に決定できないことである。恒久的に磁化しない磁性物質を含むデバイスを適切に磁化することができないと、インビボ補充は最適なものにならない。

【0008】

もう一つの問題は、所望の表面にかなりの数の標的細胞を補充するために要する時間である。デバイスの露出した表面を十分に被覆するために何日も、何週間かかるかもしれない。更に、相当な期間が経過した後も、標的細胞が表面に低い密度で付着しているだけで、最適な性能には達しないかもしれない。表面が血流が限られている又はない場所にある場合、補充は更に困難又は不可能になる。

40

【課題を解決するための手段】

【0009】

本発明は、生き残る生物細胞が磁氣的に引きつけられ、保持される表面を有する医用デバイスを提供する。本発明の方法は、医用デバイスの磁氣的接触表面への磁氣的細胞の吸引と保持を用いる。

【0010】

本発明の考えられる利点の一つは、医用デバイスの磁氣的接触表面へ多数の磁氣的細胞を引きつけ、付着させる能力である。これは、埋め込みの前又は後に高濃度の磁氣的細胞を含むキャリア液体にそのデバイスを入れることで可能になる。磁氣的細胞を含むキャリ

50

ア液体は医用デバイスとインビトロ又はインビボで接触する。いずれの場合も、キャリア液体は十分に高い濃度の磁氣的細胞を含み、受容できる長さの時間内に、例えば数時間以内に、医用デバイスのコーティングを容易に実行できることが好ましい。

【 0 0 1 1 】

磁氣的コーティングがインビボで行われる場合、磁氣的細胞を含むキャリア液体が医用デバイスが配置される画定された体積に送達されることが好ましい。医用デバイスが、例えば血管内に埋め込まれる場合、この画定された体積は、カテーテルを用いて埋め込まれた医用デバイスの片側又は両側で血管を封止して作り出すことができ、その後でキャリア液体を埋め込まれた医用デバイスの場所へ送達することができる。

【 0 0 1 2 】

本発明のもう一つの考えられる利点は、医用デバイスを体内の任意の適当な場所に配置して、埋め込みの後で磁氣的細胞でコーティングすることができること、すなわち、この医用デバイスと方法は血管で用いることができるが、可能な場所は血管に限られない。例えば、医用デバイスは、胃腸管、胆管、膀胱、腎臓系（腎臓、尿管、膀胱、尿道）、肺の気道、脳と脊髄の管、ある器官に外科的に作られた導管又は管腔、何らかの器官の先天的異常、等、に配置して磁氣的にコーティングすることができる。

【 0 0 1 3 】

本発明のもう一つの考えられる利点は、金属および/又は金属合金で作られた医用デバイスは、磁場に曝露することによって容易にかつ速やかに磁化させることができる（もしも、医用デバイスが本来的に磁場を生ずることがなければ）ということである。いくつかの態様では、本発明の装置と方法は埋め込みプロセスの一部として医用デバイスを磁化すること、又は医用デバイスをインビボで磁化することを可能にする。いくつかの場合、本発明に関連して知られている医用デバイス、例えばステント、心臓弁、等を用いることができる。

【 0 0 1 4 】

本発明の更に別の考えられる利点は、医用デバイスを時期的にコーティングした後に埋め込まれた医用デバイスを消磁できること、例えば、ある選択された時間の後に、例えば24時間乃至48時間後に、インビボで医用デバイスの近くに消磁エレメントを配置することによって消磁できることである。医用デバイスを磁氣的にコーティングすることによって、ここで述べるような磁氣的コーティングに関連した利点が得られ、磁化された医用デバイスを残すことに関連した考えられる不利益は、磁氣的に引きつけられた生物細胞が医用デバイスの付着物を形成した後に医用デバイスを消磁することによって軽減される。

【 0 0 1 5 】

本発明のいくつかの態様の更に別の考えられる利点は、細胞が、細胞付着のためにレセプター - リガンド結合、抗原 - 抗体相互作用、又は他のコーティング（例えば、フィブロネクチン）、など、十分な細胞付着を得るための余分な修飾を必要とすることなく磁氣的に引きつけられ保持されることである。本発明を利用することによって回避できるこのような結合方法の例としては、例えば、リガンド結合、フィブロネクチン、抗体、蛋白質、などがある。

【 0 0 1 6 】

本発明の別の考えられる利点としては、いくつかの態様では、医用デバイスの磁気接触表面の全部を磁気細胞でコーティングできるということがある。細胞をすべての磁氣的表面に磁氣的に付着させることによって、全表面にわたって、他のやり方では容易にアクセスできない部分でさえも良好な被覆が得られる。

【 0 0 1 7 】

更に別の考えられる利点として、いくつかの態様では、医用デバイスの磁気接触表面への磁気細胞の吸引と付着を効果的にモニターできるということがある。このようなモニタリングは、医用デバイスを使用する（例えば、患者に埋め込む）前に行うことが好ましい。細胞が医用デバイスに不均等に又は不十分に保持されている場合、デバイスを埋め込む前に吸引および/又は保持を改善するような手段を講じるか、又はデバイスを廃棄するこ

10

20

30

40

50

とができる。

【 0 0 1 8 】

ある様態では、本発明は医用デバイスをインビボで磁氣的にコーティングするためのキットを提供する。このキットは、磁気接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイスと、埋め込み可能な医用デバイスが埋め込まれたときにインビボで埋め込みデバイスが配置される体積を囲む手段を含む。

【 0 0 1 9 】

別の様態では、本発明は医用デバイスをインビボで磁氣的にコーティングするためのキットを提供する。このキットは、磁気接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイスと、インビボで生物的導管内に一定の体積を与えるカテーテルを含む。カテーテルは、その導管内に配置されたときに生物的導管を閉じることができる少なくとも一つのシールと、カテーテルの近位端からその少なくとも一つのシールに近い場所まで延びる液体キャリア管腔と、少なくとも一つのシールに近い液体キャリア管腔の開口を含み、液体キャリア管腔のキャリア液体はシールの近くでカテーテルから出てゆくことができる。

【 0 0 2 0 】

別の様態では、本発明は医用デバイスをインビボで磁化する装置を提供し、この装置は、近位端と遠位端を有する医療グレードのカテーテルと、カテーテルに操作的に取り付けられた磁場発生器とを含み、磁場発生器はカテーテルの遠位端の近くに配置され、被験者の生物的導管を通して磁場発生器を前進させることができる。

【 0 0 2 1 】

別の様態では、本発明は医用デバイスをインビボで磁化するためのキットを提供する。このキットは、磁性物質を有する埋め込み可能な医用デバイスと、埋め込み可能な医用デバイスの磁性物質をインビボで磁化する磁化装置を含み、磁化装置は、近位端と遠位端を有する医療グレードのカテーテルと、カテーテルに操作的に取り付けられた磁場発生器を含み、磁場発生器がカテーテルの遠位端の近くに配置され、被験者の生物的導管を通して磁場発生器を進めることができる。

【 0 0 2 2 】

別の様態では、本発明は埋め込み可能な医用デバイスを磁化する装置を提供し、装置は近位端と遠位端を有する細長い本体と該細長い本体の近位端の近くに配置された磁場発生器を含み、該細長い本体は近位端から遠位端へ延びる管腔を含み、近位端から遠位端の方へ管腔を通して進められる医用デバイスが磁場発生器によって発生される磁場を通過することを特徴とする。

【 0 0 2 3 】

別の様態では、本発明は医用デバイスを磁化するためのキットを提供し、このキットは磁性物質を有する埋め込み可能な医用デバイス；および

【 0 0 2 4 】

埋め込み可能な医用デバイスを磁化するための磁化装置を含み、この磁化装置が近位端と遠位端を有する細長い本体と該細長い本体の近位端の近くに配置された磁場発生器を含み、該細長い本体は近位端から遠位端へ延びる管腔を含み、近位端から遠位端の方へ管腔を通して進められる医用デバイスが磁場発生器によって発生される磁場を通過することを特徴とする。

【 0 0 2 5 】

別の様態では、本発明は、複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体を供給することによって埋め込み可能な医用デバイスをインビボで磁氣的にコーティングする方法を提供し、複数の磁氣的細胞の各細胞が生存可能な生物細胞であることを特徴とする。この方法は、更に、埋め込み可能な医用デバイスにキャリア液体をインビボで接触させるステップを含み、磁氣的細胞がキャリア液体中にミリリットルあたり 1 0 0 0 細胞以上の濃度で存在することを特徴とする。

【 0 0 2 6 】

別の様態では、本発明は、インビトロで複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体中に埋め

10

20

30

40

50

込み可能な医用デバイスを配置することによって埋め込み可能な医用デバイスに細胞を磁氣的に付着させる方法を提供し、複数の磁氣的細胞の各細胞は生存可能な生物細胞であり、該複数の磁氣的細胞のうちの複数の埋め込み可能な医用デバイスに磁氣的に引きつけられ保持されることを特徴とする。この方法は更に、複数の磁氣的細胞が埋め込み可能な医用デバイスに引きつけられ保持された後に埋め込み可能な医用デバイスを体に埋め込むステップを含む。

【 0 0 2 7 】

別の様態では、本発明は、医用デバイスの磁氣的接触表面に複数の磁氣的細胞が磁氣的に引きつけられ保持されている医用デバイスであって、該医用デバイスが、複数の細胞に磁気チャージを結合させ、複数の細胞が複数の磁氣的細胞になり、該複数の磁氣的細胞の各細胞が生存可能な生物細胞であり、医用デバイスの磁氣的接触表面をインビトロで複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体に入れて、医用デバイスの磁氣的接触表面に複数の磁氣的細胞が磁氣的に引きつけられ保持されることによって製造されることを特徴とする医用デバイスを提供する。

10

【 0 0 2 8 】

別の様態では、本発明は医用デバイスを磁化する方法であって、磁場発生器をインビボで埋め込み可能な医用デバイスの近くに配置するステップと、磁場発生器を用いて磁場を発生するステップを含み、該医用デバイスが磁氣的接触表面を含むことを特徴とする方法を提供する。

【 0 0 2 9 】

20

別の様態では、本発明は医用デバイスを消磁する方法であって、消磁エレメントをインビボで埋め込み可能な医用デバイスの近くに配置するステップと、消磁エレメントを用いて埋め込み可能な医用デバイスを消磁するステップを含み、該医用デバイスは磁場を発現する磁氣的接触表面を含み、消磁の後に磁氣的接触表面が発現する磁場強度が減少することを特徴とする方法を提供する。

【 0 0 3 0 】

別の様態では、本発明は埋め込み可能な医用デバイスを被験者に埋め込むときに磁化する方法であって、細長い本体の近位端の近くに磁場を供給するステップと、埋め込み可能な医用デバイスを細長い本体の中で管腔を通過させ、埋め込み可能な医用デバイスが磁性物質を含み、それが磁場を通過して医用デバイスが磁氣的接触表面を含むようにするステップと、医用デバイスを細長い本体の遠位端を通過させた後にあるインビボの場所に医用デバイスを配置するステップを含む方法を提供する。

30

【 0 0 3 1 】

本発明は、例えば、以下の [1] ~ [7 7] の態様を含む。

【 0 0 3 2 】

[1] 医用 (medical) デバイスをインビボ (in vivo) で磁氣的にコーティングするためのキットであって：

磁氣的接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイス；および

該埋め込み可能な医用デバイスが埋め込まれたときに位置する画定された (defined) 体積をインビボで囲む (enclosing) 手段；を含むキット。

40

【 0 0 3 3 】

[2] 該埋め込み可能な医用デバイスが、血管ステント、脈管グラフト (vascular graft)、生物導管 (biologic conduit) のための人工補装具 (prosthesis)；心臓弁、人工心臓、左心室補助デバイス、および電子リードからなる群から選択されることを特徴とする [1] に記載のキット。

【 0 0 3 4 】

[3] インビボで画定された体積を囲む該手段が、該画定された体積を生物導管において囲むことを特徴とする [1] に記載のキット。

【 0 0 3 5 】

[4] 該生物導管が血管を含むことを特徴とする [3] に記載のキット。

50

【 0 0 3 6 】

[5] 更に、磁気チャージを複数の生物細胞に結びつける手段を含む [1] に記載のキット。

【 0 0 3 7 】

[6] 更に、インピボで囲まれた画定された体積に送給 (delivery) するキャリア液体を含む [1] に記載のキット。

【 0 0 3 8 】

[7] 該キャリア液体が生体適合性液体であることを特徴とする [1] に記載のキット。

【 0 0 3 9 】

[8] 更に、該キャリア液体を該インピボで囲まれた画定された体積に送給する手段を含む [7] に記載のキット。

【 0 0 4 0 】

[9] 医用デバイスをインピボで磁氣的にコーティングするためのキットであって：
磁氣的接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイス；および
インピボで生物導管内に画定された体積を与える (creating) ためのカテーテル；を含み、該カテーテルが：

該生物導管に展開されたときに該導管を閉じることができる少なくとも一つのシール；

該カテーテルの近位端から該少なくとも一つのシールに近い場所まで延びるキャリア液体管腔； (lumen)

該少なくとも一つのシールの近くの該キャリア液体管腔の開口；を含み、
該キャリア液体管腔におけるキャリア液体が該シールの近くで該カテーテルを出てゆく (exiting) ことができることを特徴とするキット。

【 0 0 4 1 】

[1 0] 該少なくとも一つのシールが一对のシールを含み、該一对のシールが該生物導管なアイで展開されたときに該画定された体積が該一对のシールによって囲まれることを特徴とする [9] に記載のキット。

【 0 0 4 2 】

[1 1] 各シールが膨らまることができるバルーンを含み、更に該カテーテルが該カテーテルの近位端から該シールまで延びる一つ以上の膨張管腔を含むことを特徴とする [9] に記載のキット。

【 0 0 4 3 】

[1 2] 該生物導管が血管を含むことを特徴とする [9] に記載のキット。

【 0 0 4 4 】

[1 3] 更に、磁気チャージを複数の生物細胞と関連づける (associating with) 手段を含む [9] に記載のキット。

【 0 0 4 5 】

[1 4] 更に、該カテーテルにおけるキャリア液体管腔を通して該画定された体積に送給するキャリア液体を含む [9] に記載のキット。

【 0 0 4 6 】

[1 5] 該キャリア液体が生物的に適合する液体であることを特徴とする [1 4] に記載のキット。

【 0 0 4 7 】

[1 6] インピボで医用デバイスを磁化するための装置であって：
近位端と遠位端を有する医療等級カテーテル；および
該カテーテルに操作的に取り付けられた磁場発生器；を含み、該磁場発生器は該カテーテルの遠位端の近くに配置され、該磁場発生器を被験者の生物導管を通して前進させることができることを特徴とする装置。

【 0 0 4 8 】

10

20

30

40

50

- [1 7] 該磁場発生器が永久磁石を含むことを特徴とする [1 6] に記載の装置。
【 0 0 4 9 】
- [1 8] 該磁場発生器が電気コイルを含み、該装置が更に、該電気コイルに取り付けられ該カテーテルの近位端の方へ延びている電気リードを含み、電気エネルギーを該電気リードによって該電気コイルに送給できることを特徴とする [1 6] に記載の装置。
【 0 0 5 0 】
- [1 9] 該電気リードが該カテーテルの近位端まで延びていることを特徴とする [1 8] に記載の装置。
【 0 0 5 1 】
- [2 0] 該装置が該電気コイルに電気エネルギーを送給するための電源を含む [1 8] に記載の装置。
【 0 0 5 2 】
- [2 1] 医用デバイスをインビボで磁化するためのキットであって：
磁性物質を含む埋め込み可能な医用デバイス；および
該埋め込み可能な医用デバイスの該磁性物質をインビボで磁化するための磁化装置；を含み、該磁化装置が近位端と遠位端を含む医療等級カテーテルと該カテーテルに操作的に取り付けられた磁場発生器を含み、該磁場発生器が該カテーテルの遠位端の近くに位置し該磁場発生器を被験者の生物導管を通して前進させることができることを特徴とするキット。
【 0 0 5 3 】
- [2 2] 該埋め込み可能な医用デバイスが、血管ステント、脈管グラフト (vascular graft)、生物導管のための人工補装具；心臓弁、人工心臓、左心室補助デバイス、および電子リードからなる群から選択されることを特徴とする [2 1] に記載のキット。
【 0 0 5 4 】
- [2 3] 該磁場発生器が永久磁石を含むことを特徴とする [2 1] に記載のキット。
【 0 0 5 5 】
- [2 4] 該磁場発生器が電気コイルを含み、該磁化装置が更に、該電気コイルに取り付けられ該カテーテルの近位端の方へ延びている電気リードを含み、電気エネルギーを該電気リードによって該電気コイルに送給できることを特徴とする [2 1] に記載の装置。
【 0 0 5 6 】
- [2 5] 該電気リードが該カテーテルの近位端まで延びていることを特徴とする [2 4] に記載の装置。
【 0 0 5 7 】
- [2 6] 該キットが該電気コイルに電気エネルギーを送給するための電源を含む [2 4] に記載のキット。
【 0 0 5 8 】
- [2 7] 該キットが更に、該埋め込み可能な医用デバイスが埋め込まれたときに配置される画定された体積をインビボで囲む手段を含む [2 1] に記載のキット。
【 0 0 5 9 】
- [2 8] 該画定された体積をインビボで囲む手段が生物導管において該画定された体積を囲む手段を含むことを特徴とする [2 7] に記載のキット。
【 0 0 6 0 】
- [2 9] 該生物導管が血管を含むことを特徴とする [2 8] に記載のキット。
【 0 0 6 1 】
- [3 0] 更に、磁気チャージを複数の生物細胞に結びつける手段を含む [2 1] に記載のキット。
【 0 0 6 2 】
- [3 1] 更に、該インビボで囲まれた画定された体積へ送給されるキャリア液体を含む [2 1] に記載のキット。
【 0 0 6 3 】

10

20

30

40

50

〔 3 2 〕 更に、該インピボで囲まれた画定された体積へ該キャリア液体を送給するための手段を含む〔 3 1 〕に記載のキット。

【 0 0 6 4 】

〔 3 3 〕 埋め込み可能な医用デバイスを磁化するための装置であって：

近位端と遠位端を含む細長い（elongated）本体、該細長い本体は該近位端から該遠位端まで延びる管腔を含む；および

該細長い本体の該近位端の近くに配置された磁場発生器、該管腔を通して該近位端から該遠位端の方へ進められる医用デバイスは該磁場発生器によって発生される磁場を通過する；を含む装置。

【 0 0 6 5 】

10

〔 3 4 〕 該磁場発生器が永久磁石を含むことを特徴とする〔 3 3 〕に記載の装置。

【 0 0 6 6 】

〔 3 5 〕 該磁場発生器が電気コイルを含み、該装置が更に、該電気コイルに取り付けられた電気リードを含み、電気エネルギーを該電気リードによって該電気コイルに送給できることを特徴とする〔 3 3 〕に記載の装置。

【 0 0 6 7 】

〔 3 6 〕 該装置が更に、該電気コイルに電気エネルギーを送給するための電源を含む〔 3 3 〕に記載の装置。

【 0 0 6 8 】

〔 3 7 〕 該細長い本体が生物導管に挿入するのに適合したガイドカテーテルを含むことを特徴とする〔 3 3 〕に記載の装置。

20

【 0 0 6 9 】

〔 3 8 〕 該生物導管が血管を含むことを特徴とする〔 3 7 〕に記載の装置。

【 0 0 7 0 】

〔 3 9 〕 該細長い本体が導入シース（introducer sheath）を含むことを特徴とする〔 3 3 〕に記載の装置。

【 0 0 7 1 】

〔 4 0 〕 医用デバイスを磁化するキットであって：

磁性物質を含む埋め込み可能な医用デバイス；および

埋め込み可能な医用デバイスを磁化するための磁化装置；を含み、該磁化装置は：

30

近位端と遠位端を含む細長い本体、該細長い本体は該近位端から該遠位端まで延びる管腔を含む；および

該細長い本体の該近位端の近くに配置された磁場発生器、該管腔を通して該近位端から該遠位端の方へ進められる医用デバイスは該磁場発生器によって発生される磁場を通過する；を含むことを特徴とするキット。

【 0 0 7 2 】

〔 4 1 〕 該磁場発生器が永久磁石を含むことを特徴とする〔 4 0 〕に記載のキット。

【 0 0 7 3 】

〔 4 2 〕 該磁場発生器が電気コイルを含み、該装置が更に、該電気コイルに取り付けられた電気リードを含み、電気エネルギーを該電気リードによって該電気コイルに送給できることを特徴とする〔 4 0 〕に記載のキット。

40

【 0 0 7 4 】

〔 4 3 〕 該キットが更に、電気エネルギーを該電気コイルに送給するための電源を含む〔 4 0 〕に記載のキット。

【 0 0 7 5 】

〔 4 4 〕 該細長い本体が生物導管に挿入するのに適合したガイドカテーテルを含むことを特徴とする〔 4 0 〕に記載のキット。

【 0 0 7 6 】

〔 4 5 〕 該生物導管が血管を含むことを特徴とする〔 4 0 〕に記載のキット。

【 0 0 7 7 】

50

[4 6] 該細長い本体が導入シース (introducer sheath) を含むことを特徴とする [4 0] に記載のキット。

【 0 0 7 8 】

[4 7] 埋め込み可能な医用デバイスをインピボで磁氣的にコーティングする方法であって：

複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体を用意するステップ、複数の磁氣的細胞の各々は生存可能な (viable) 生物細胞を含む；および

該埋め込み可能な医用デバイスを該キャリア液体とインピボで接触させるステップ、該磁氣的細胞は該キャリア液体中に 1 ミリリットルあたり 1 0 0 0 個以上の濃度で存在する；を含む方法。

10

【 0 0 7 9 】

[4 8] 該キャリア液体中の該磁氣的細胞の濃度が 1 ミリリットルあたり 1 0 , 0 0 0 個以上であることを特徴とする [4 7] に記載の方法。

【 0 0 8 0 】

[4 9] 更に、該埋め込み可能な医用デバイスが配置される画定された体積を囲むステップを含み、該キャリア液体が該画定された体積に送給されることを特徴とする [4 7] に記載の方法。

【 0 0 8 1 】

[5 0] 該画定された体積を囲むステップがカテーテルでシールを展開する (deploy) ステップを含むことを特徴とする [4 9] に記載の方法。

20

【 0 0 8 2 】

[5 1] 細胞を埋め込み可能な医用デバイスに磁氣的に付着させる方法であって：

インピトロ (in vitro) で複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体中に埋め込み可能な医用デバイスを入れておくステップ、該複数の磁氣的細胞の各細胞は生存可能な生物細胞を含み、該複数の磁氣的細胞の複数の該埋め込み可能な医用デバイスに磁氣的に引きつけられ保持される；および

該複数の磁氣的細胞が該埋め込み可能な医用デバイスに引きつけられ保持された後に該埋め込み可能な医用デバイスを体に埋め込むステップ；を含む方法。

【 0 0 8 3 】

[5 2] 更に、該複数の磁氣的細胞に磁気チャージを結びつけるステップを含む [5 1] に記載の方法。

30

【 0 0 8 4 】

[5 3] 該埋め込み可能な医用デバイスが該キャリア液体と接触する磁氣的接触表面を含み、更に該方法は該埋め込み可能な医用デバイスをインピトロで該キャリア液体中に該キャリア液体と接触している該磁氣的接触表面の 2 5 % 以上を覆うのに十分な時間入れておくステップを含み、該時間が 1 0 分間以下であることを特徴とする [5 1] に記載の方法。

【 0 0 8 5 】

[5 4] 該キャリア液体が該埋め込み可能な医用デバイスの該磁氣的接触表面の一部とだけ接触することを特徴とする [5 1] に記載の方法。

40

【 0 0 8 6 】

[5 5] 該キャリア液体が該埋め込み可能な医用デバイスの該磁氣的接触表面の全部と接触することを特徴とする [5 1] に記載の方法。

【 0 0 8 7 】

[5 6] 該埋め込み可能な医用デバイスを該キャリア液体に入れるステップが、該埋め込み可能な医用デバイス全体を該キャリア液体に浸すステップを含むことを特徴とする [5 1] に記載の方法。

【 0 0 8 8 】

[5 7] 該方法が更に、該埋め込み可能な医用デバイスを該キャリア液体に入れる前に該埋め込み可能な医用デバイスの一部分を磁化するステップを含むことを特徴とする [

50

５１］に記載の方法。

【００８９】

〔５８〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該埋め込み可能な医用デバイスの磁氣的接触表面が本質的に一つ以上の金属および／又は金属合金からなる（consisting essentially of）ことを特徴とする〔５１］に記載の方法。

【００９０】

〔５９〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該埋め込み可能な医用デバイスの磁氣的接触表面が本質的に一つ以上の磁性物質からなることを特徴とする〔５１］に記載の方法。

【００９１】

〔６０〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該埋め込み可能な医用デバイスの磁氣的接触表面が非金属バインダーに分散した一つ以上の磁性物質を含むことを特徴とする〔５１］に記載の方法。

【００９２】

〔６１〕 医用デバイスの磁氣的接触表面に磁氣的に引きつけられ保持される複数の磁氣的細胞を含む医用デバイスであって、該医用デバイスが：

磁気チャージを複数の細胞に結びつけるステップ、該複数の細胞が該複数の磁氣的細胞になり、該複数の磁氣的細胞の各細胞は生存可能な生物細胞を含む；

該医用デバイスの該磁氣的接触表面を該複数の磁氣的細胞を含むキャリア液体にインピットロで入れるステップ、該複数の磁氣的細胞が該医用デバイスの該磁氣的接触表面に磁氣的引きつけられ保持される：によって製造されることを特徴とする医用デバイス。

【００９３】

〔６２〕 該複数の磁氣的細胞が該医用デバイスの該磁氣的接触表面の９０％以上を覆うことを特徴とする〔６１］に記載の医用デバイス。

【００９４】

〔６３〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該医用デバイスの該磁氣的接触表面が本質的に一つ以上の金属および／又は金属合金からなることを特徴とする〔６１］に記載の医用デバイス。

【００９５】

〔６４〕 該一つ以上の金属および／又は金属合金が一つ以上の磁性物質を含むことを特徴とする〔６１］に記載の医用デバイス。

【００９６】

〔６５〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該医用デバイスの該磁氣的接触表面が本質的に一つ以上の磁性物質からなることを特徴とする〔６１］に記載の医用デバイス。

【００９７】

〔６６〕 該複数の磁氣的細胞が引きつけられ保持される該医用デバイスの該磁氣的接触表面が非金属バインダーに分散した一つ以上の磁性物質を含むことを特徴とする〔６１］に記載の医用デバイス。

【００９８】

〔６７〕 医用デバイスを磁化する方法であって：
埋め込み可能な医用デバイスの近くに磁場発生器をインピボで配置するステップ；および

該磁場発生器を用いて磁場を発生するステップ；を含み、該医用デバイスが磁氣的接触表面を含むことを特徴とする方法。

【００９９】

〔６８〕 該医用デバイスが管腔を含み、該磁場発生器が該管腔を通されることを特徴とする〔６７］に記載の方法。

【０１００】

〔６９〕 該医用デバイスがステントを含み、該磁場発生器が該ステントを通されるこ

10

20

30

40

50

とを特徴とする〔６７〕に記載の方法。

【０１０１】

〔７０〕 該ステントが該磁氣的接触表面の少なくとも一部分にニッケルを含むことを特徴とする〔６９〕に記載の方法。

【０１０２】

〔７１〕 医用デバイスを消磁する方法であって：

埋め込まれた医用デバイスの近くにインビボで消磁エレメントを配置するステップ、該医用デバイスは磁場を発現する磁氣的接触表面を含む；および

該消磁エレメントを用いて該埋め込まれた医用デバイスを消磁するステップ；を含み、該磁氣的接触表面が発現する磁場強度が消磁の後に減少することを特徴とする方法。

10

【０１０３】

〔７２〕 該医用デバイスが管腔を含み、インビボで消磁が起こるように該消磁エレメントが該管腔を通されることを特徴とする〔７１〕に記載の方法。

【０１０４】

〔７３〕 該医用デバイスがステントを含み、インビボで消磁が起こるように該消磁エレメントが該ステントを通されることを特徴とする〔７１〕に記載の方法。

【０１０５】

〔７４〕 該消磁エレメントが消磁の間、該医用デバイスが埋め込まれた体の外にとどまることを特徴とする〔７１〕に記載の方法。

【０１０６】

〔７５〕 埋め込み可能な医用デバイスを被験者に埋め込むさいに磁化する方法であって：

細長い本体の近位端の近くに磁場を提供するステップ；

該細長い本体における管腔に埋め込み可能な医用デバイスを通すステップ、該埋め込み可能な医用デバイスは磁性物質を含み、該医用デバイスが磁氣的接触表面を含むようにそれが該磁場を通過する；および

該医用デバイスを該細長い本体の遠位端を通過させた後に該医用デバイスをインビボ位置に埋め込むステップ；を含む方法。

【０１０７】

〔７６〕 該埋め込み可能な医用デバイスがステントを含むことを特徴とする〔７５〕に記載の方法。

20

30

【０１０８】

〔７７〕 該細長い本体がガイドカテーテルを含むことを特徴とする〔７５〕に記載の方法。

【０１０９】

本発明のこれらのおよびその他の特徴と利点は、本発明のいくつかの例示的な態様に関して以下で更に詳しく説明される。

【発明を実施するための最良の形態】

【０１１０】

例示的な態様についての以下の詳細な説明では、その一部を成す添付図面が参照され、そこでは本発明を実施する特定の態様が例によって示される。他の態様も利用することができ、本発明の範囲から逸脱することなく構造的な変更を加えることができることは言うまでもない。更に、異なる図で、同じ参照数字が同様の特徴を表す。

40

【０１１１】

本明細書および添付された特許請求の範囲で用いる場合、単数形の“a”、“and”および“the”は、文脈がはっきりとそうでないことを示している場合を除き、複数の指示対象を含むということを注意しておかなければならない。例えば、“ある磁氣的細胞(a magnetic cell)”という言葉及は複数のそのような細胞を含み、“磁氣的接触表面(the magnetic contact surface)”への言及は一つ以上の磁氣的接触表面および当業者に公知のその同等物への言及を含む。

50

【 0 1 1 2 】

磁氣的接觸表面を有する医用デバイス

図 1 は、本発明に関連して用いることができる医用デバイス 10 のある典型的な態様を示す。図示されたデバイス 10 は、外側表面 12 と内側表面 14 を含み、内側表面 14 は、少なくとも部分的に、デバイス 10 を通って形成される管腔又は通路を画定している。デバイス 10 は広くステントとして記述することができ、中実の管状対象として示されているが、デバイス 10 は、溝付き金属チューブ、ワイヤ・メッシュ構造、等としても構成できることは言うまでもない。図示されたようなステントとして設けられた場合、デバイス 10 は、血管やその他の管状構造、例えば胆汁管、尿管、などを支持しながら開くのに利用できる。更に、ステントは、力を加えて、例えば膨らますことができるバルーンを用いて開くように、あるいはまた、当業者に公知のように自動的に開くように、設計できる。ほんの少数のステント設計の例は、例えば米国 特許 Nos. 4,733,665 (Palma

10

【 0 1 1 3 】

本明細書では図 1 に示されているようなステントの形の医用デバイス 10 に関して説明されるが、本発明の医用デバイスは生きている体の生物物質と接触するようになる任意の医用デバイスを含む。本発明は、医用デバイスの一つの広いクラスとして、埋め込み可能な医用デバイスで、すなわち、動物又はヒトの体に埋め込まれるように設計された医用デバイスで利用できる。適当な埋め込み可能な医用デバイスの例としては、ステント、人工移植血管、他の生体導管（例えば、神経、胃腸、腎、内分泌、肺、泌尿器、など）のため

20

【 0 1 1 4 】

別の応用として、血管の動脈瘤嚢に栓をして閉塞するために又は悪性腫瘍に供給している血管を閉塞するために用いられるコイルを磁氣的に細胞でコーティングして、動脈瘤の治癒を速め、腫瘍への血管を閉塞することができる。血管の漏れ（血管、弁、又は心室の孔／破裂）を治療するデバイスも、磁氣的に細胞でコーティングして治癒を助け、血栓症を減らすことができる。磁氣的デバイスはまた、例えば器官における悪性腫瘍を治療するために細胞を局限するために用いることもできる。磁氣的デバイスと細胞（例えば、治療物質を産生する細胞）を腫瘍に供給する血管に配置することもできる。

30

【 0 1 1 5 】

更に、本発明の医用デバイスは、生物学的流体を供給する被験者の体の外で生物物質（例えば血液）とデバイスの表面が接触する ex vivo 用途に用いることもできる。そのような医用デバイスの例としては、例えば、人工器官、血液ポンプ、等がある。

【 0 1 1 6 】

医用デバイスの外側表面 12 と内側表面 14 は、どちらも本発明に関連して“接触表面”と考えることができる。本発明では、“接触表面”という用語は、コーティングのために医用デバイスが配置されるキャリア液体と接触できる表面を意味する。例えば、デバイス 10 がステントである場合、デバイス 10 を構成するために用いられ、外側表面 12 と内側表面 14 と定義されるようなものの間に延びる、ワイヤ、メッシュ構造、等の中間表面も、それらの表面がコーティング・プロセスで医用デバイス 10 が配置されるキャリア液体にさらされ、それと接触することができる限り、本発明の目的には“接触表面”と見なされる。

40

【 0 1 1 7 】

本発明に関連して、本発明の医用デバイスのすべての接触表面は、磁力を用いて細胞などの対象を磁氣的に引きつけて保持することができる用に磁場を発現することが好ましい。本発明による磁場を発現する医用デバイスの接触表面は、“磁氣的接触表面”と記述される。場合によって、医用デバイスの接触表面のいくつかだけが又はいくつかの部分だけが磁場を発現する（すなわち、磁氣的接触表面である）医用デバイスを提供することが好

50

ましいこともある。

【 0 1 1 8 】

本発明の医用デバイスは、磁氣的にコーティングされるべき医用デバイスの接触表面がここで述べるように磁氣的細胞を引きつけ保持することができる磁場を発現する限り、任意の適当な材料（例えば、ポリマー物質、金属、金属合金、セラミックス、複合材料、等）で作ることができる。磁場を発現するために、本発明の医用デバイスは、好ましくは、一つ以上の磁性物質、すなわち、恒久的磁場を発現するか又は一時的な磁場を発現できる物質、を含む。

【 0 1 1 9 】

医用デバイス 10 の全体、又はその選ばれた部分、を一つ以上の磁性物質で製造することができる。例えば、予め画定された量のマグネタイト又はその合金をデバイス 10 の構成に含めることができる。マグネタイトに加えて、又はその代わりに、他の材料を用いて所望の磁氣的性質を与えることができる。そのような材料は、一時的な磁性物質であっても、又は恒久的な磁性物質であってもよい。適当な磁性物質の例としては、例えば、磁性フェライト又は“フェライト”、すなわち、鉄の混合酸化物と一つ以上の他の金属からなる物質、例えば単結晶コバルト・フェライト、などがある。しかし、他のフェライト材料も使用できる。

【 0 1 2 0 】

デバイス 10 の構成で利用できる他の磁性物質としては、ストロンチウム鉄酸化物とポリマー物質（例えば、プラスチック、ゴム、等）を組み合わせたセラミックおよびフレキシブルな磁性物質；NdFeB（この磁性物質はジスプロシウムを含むこともできる）；SmCo（サマリウム・コバルト）；およびアルミニウム、ニッケル、コバルト、銅、鉄、チタン等の組み合わせ；並びにその他の材料があるが、それだけに限定されない。

【 0 1 2 1 】

デバイス 10 が、ステンレス鋼、ニッケル・チタン合金（例えばNITINOL）等の金属で作られるか、他の磁性物質で作られるかに関わりなく、デバイスの磁氣的接触表面はその磁化可能な材料に十分な電場および/又は磁場を加えることによって充分磁氣的にすることができる。このような電場および/又は磁場は、磁氣的接触表面（又はその一部）に磁氣的性質を付与し、上述のような恒久磁性物質を含める必要はなくなる。

【 0 1 2 2 】

いくつかの態様では、磁氣的な引力と保持によって磁氣的細胞でコーティングされる医用デバイスの磁氣的コーティング表面は、本質的に一つ以上の金属又は金属合金、例えばステンレス鋼、ニッケル・チタン合金、等からなる。本発明を特徴づける別の仕方では、医用デバイスの磁氣的接触表面は、本質的に一つ以上の磁性物質から成り、ここで磁性物質は上述のように恒久的な磁性物質であっても、そうでなくてもよい。本発明を特徴づける更に別の仕方では、デバイスの磁氣的接触表面は、非金属バインダーの中に分散した一つ以上の磁性物質を含む。

【 0 1 2 3 】

本発明の医用デバイスは、医用デバイスの本体が磁性物質又は磁化可能な材料を含むかどうかに関わりなく、磁化可能なコーティング、例えばニッケル又は磁化に対する同様な透磁率を有する他の材料、を含むことが好ましい。例えば、医用デバイスの本体（例えばステント）は、ステンレス鋼で作られ、磁化後に医用デバイスが発現する磁場を増大させるようにそれがニッケルでめっきされることが好ましい。

【 0 1 2 4 】

医用デバイス 10 がヒト又は動物の体に埋め込まれるように設計されている場合、その接触表面は生体適合性であることが好ましい。残念ながら、多くの磁性物質は生体適合性がない。非生体適合性の磁性物質は、医用デバイスにおける磁性物質から発する磁場をあまり制限しない又はそれに干渉しない生体適合性の物質でコーティングすることが好ましい。本発明の医用デバイスの磁氣的接触表面として用いられる生体適合性コーティングとしては、いろいろな生体適合性ポリマー、金属、およびその他の合成、天然、又は生物物

10

20

30

40

50

質が含まれる。

【 0 1 2 5 】

場合によっては、磁氣的細胞を引きつけ保持することができる磁場を発現する他に、磁氣的な引力と保持力に加えて分子結合も可能にする物質を含む磁氣的接触表面を設けることが好ましい。このような分子結合は、磁氣的細胞と同じ細胞をターゲットにすることも、異なる細胞、すなわち、磁化される細胞以外の細胞をターゲットにすることもある。例えば、細胞結合リガンド、並びに他の分子、例えば細胞移動性エンハンサー分子、細胞を維持し拡がらせる分子、細胞分化のための分子、医薬化合物、等の付着を可能にするように磁氣的接触表面を機能化させることもできる。本発明のいくつかの医用デバイスでは、磁氣的接触表面を機能化させるかどうかに関わらず、磁氣的接触表面以外の医用デバイスの表面を機能化させることが望ましい。

10

【 0 1 2 6 】

表面の機能化は、例えば、気体プラズマ処理、化学的修飾、光化学的修飾、 γ -放射線活性化による化学的修飾、官能基を含む分子との共重合、並びに当業者に公知の他の表面修飾方法、などを用いる。修飾しようとする表面に、例えば、オゾン分解を行ってカルボニル基やその他の反応基を導入して、選ばれた表面へのリガンドの付着を助けることができる。別の場合、表面を酸又は塩基溶液によって処理してヒドロキシル基および/又はカルボン酸などの官能基をそこに形成することができる。修飾される表面の機能化は、また、所望の機能性を有するポリマー物質の層で表面をコーティングすることによっても達成される。このようなポリマー層は、例えばポリ(L-リシン)又はポリ(L-グルタミン)などのポリアミンを含み、特定表面にアミン官能性を付与する。

20

【 0 1 2 7 】

磁氣的細胞

本発明は磁氣的接触表面を有するデバイスを含み、磁氣的接触表面は磁力によってそこに引きつけられ保持される磁氣的細胞でコーティングされている。本発明はまた、磁氣的接触表面を磁氣的細胞でコーティングする方法を含む。

【 0 1 2 8 】

本発明に関連して磁氣的細胞として用いられる細胞は、例えば、それ自体が磁気チャージを発現できる、磁気チャージを含む一つ以上の粒子を取り込むように修飾できる、又は磁気チャージを含む粒子又は細胞に付着できる生物細胞である。本発明の磁氣的細胞は、例えば、血液に接触する医用デバイスで用いられる場合、内皮細胞である。更に、磁氣的細胞は、例えば、外胚葉 - 、中胚葉 - 、内胚葉 - 由来の細胞であってもよい。更に、動物又はヒトのいろいろな原始細胞層から発生する幹細胞や成熟細胞も、本発明に関連して有用な磁氣的細胞になるように修飾することができる。

30

【 0 1 2 9 】

別の変形例では、磁氣的細胞は、心臓障害、冠状動脈疾患、癌などの疾病を治療することができる生成物を分泌する新しい遺伝子をもつように遺伝子工学で設計される。

【 0 1 3 0 】

細胞が磁気引力の作用を受ける磁氣的細胞になるように細胞を修飾するいろいろな方法が知られている。当業者に公知の手順によって磁性粒子を細胞に組み込んだり細胞表面に付着させたりできる。いくつかの態様では、磁性粒子が標的細胞に送り込まれる (Moller W, ら, (1 9 9 7) J Aerosol Med 1 0 : 1 7 3 - 1 8 6 ; Violante (1 9 9 0) Acta Radiol Suppl 3 7 4 : 1 5 3 - 1 5 6)、又は標的細胞の細胞表面に電気穿孔法によって一時的な孔が作られる (Moroz & Nelson (1 9 9 7) Biophys J 7 2 : 2 2 1 1 - 6 ; Zhelev & Needham (1 9 9 3) Biochim Biophys Acta. 1 1 4 7 (1) : 8 9 - 1 0 4 ; Neumann E, Kakorin S, Toensing K, (1 9 9 8) Faraday Discussions 1 1 1 : 1 1 1 - 1 2 5)。別の態様では、磁性粒子は細胞膜のレセプターとの抗体結合によって、又は細胞表面との磁性粒子の化学的な接合によって細胞表面に付着される (Yin, A H; Miraglia, S; Zanjani, E D; Almeida-Polrada, G; Ogawa, M; Leary, A G; Olweus, J; Kearney, J; Buck, D W (1 9 9 7) Blood 9 0 : 5 0 0 2 - 5 0 1 2 ; Buckley ら ABL, 1 9 9

40

50

8 June 30 - 32)。

【0131】

いくつかの態様では、磁性粒子の静脈注射によって、それを分子に接合し、表面に補充される細胞の表面にそれを付着させて細胞を磁氣的に修飾又はラベルする。その一例は、いくつかの始原細胞タイプの表面に見出されるCD133又はCD134蛋白質への磁性粒子の抗体に媒介される結合である。これらの細胞は、始原的な内皮細胞であっても、成熟した内皮細胞であってもよく、平滑筋細胞の増殖に対する阻害効果を有する物質を発現又は産生するように遺伝的に修飾されていても修飾されていなくてもよい。

【0132】

常磁性又は強磁性粒子を、標的細胞に結びついた脂質膜の小胞（リボゾーム）に封入する、又は、問題の細胞に付着するミクロおよびナノ粒子のポリマー・マトリックス内に閉じこめることができる。あるいはまた、磁性粒子を標的細胞の細胞表面に接合させて細胞膜の一部にすることもできる。細胞は磁氣的引力によって血流から磁氣的にチャージされた人工補装具に補充することができる。

【0133】

磁氣的引力の強さは、普通、磁氣的接触表面に補充される細胞を修飾するために用いられる粒子の磁氣的性質、並びに磁氣的接触表面から出る磁場の強さ、および磁場と勾配が場所によって変化する場合はこの磁場の勾配にも依存する。粒子の磁氣的性質は、粒子の化学的組成、並びにその磁化状態に依存する。磁場の性質は、表面と本体の幾何形状、デバイスの化学的組成、および磁氣的な履歴に依存する。細胞は、磁氣的接触表面に引きつけられた後、表面に保持されることが好ましく、いくつかの態様では、細胞の付着によって磁氣的接触表面、並びに医用デバイスの他の表面上の細胞の拡がりや分化が誘発される。

【0134】

別の態様では、磁氣的接触表面に対する細胞親和性を増強するために、細胞との小胞の融合によって磁性粒子が細胞に取り込まれる。小胞は膜によって囲まれた体積を画定する。この膜は、蛋白質、脂質、ポリマー、ブロック共重合体、又はそれらの混合物を含む。このような小胞が細胞と融合すると、小胞の体積が細胞原形質の一部になり、小胞の中身が細胞内部に放出される。小胞の形成時に小胞に磁性粒子が積み込まれていると、小胞と細胞の融合により、これらの磁性粒子が細胞内部に取り込まれる。

【0135】

磁氣的に感受性の粒子を標的細胞に取り込む別の方法はエンドサイトーシス（endocytosis）である。このためには、磁性粒子をエンドサイトーシス能力を有する細胞に送り込む。粒子と接触すると、そうするように刺激された細胞はその膜を粒子に付着させることによって粒子を囲い込み、続いて付着面積を拡げて粒子全体が細胞の膜部分で囲まれるようにする。囲まれた後、膜に囲まれた粒子の陥入によって粒子は細胞内部に取り込まれる。更に別の態様では、直径が、例えば50 ナノメートル（nm）から250 nmの間にある小さな磁性粒子が、細胞を電場に曝露して細胞膜に一時的な孔をあけること（すなわち、電気穿孔）によって標的細胞に持ち込まれる。本発明の方法で有用なこれらの標準的技術やその他の技術は以下の参考文献に記載されている、Moller W, Takenaka S, Rust M, Stahlhofen W, Heyder J. (1997); J Aerosol Med 10:173-186; Violante (1990) Acta Radiol Suppl 374:153-156; Moroz & Nelson (1997) Biophys J. 72:2211-6; Zhelev & Needham (1993) Biochim Biophys Acta. 1147(1):89-104.

【0136】

いくつかの態様における細胞の磁氣的性質の修飾としては、磁氣的に感受性の高い粒子、例えば強磁性又は常磁性粒子（例えば、それだけに限定されないが、フェライト、サマリウム・コバルト、ネオジミウム・ホウ素など）を細胞の表面に付着させるというやり方もある。これは、粒子の表面を細胞の膜に対して親和性を有するように修飾することによって達成される。この親和性は、磁性粒子にリガンド分子を付着させることによって確立

10

20

30

40

50

される。すると、磁性粒子は、細胞の外側表面に存在する適当な細胞表面分子にリガンドを介して結合することができる。細胞膜への磁性粒子の結合は、また、磁性粒子を（又は粒子を封入しているポリマー・マトリックスを）細胞膜に普通に見られる分子グループ、例えばアミン又はチオール又はヒドロキシル基などのグループ、と粒子又はマトリックスの表面に存在する化学的に反応性の基と反応させることによって達成される。

【0137】

別の態様では、細胞膜に対する親和性を有するように修飾されたポリマー・マトリックスの内部に磁性粒子を封入又は表面に付着させることによって細胞を修飾して磁気的なチャージをもつようにすることができる。磁性粒子および／又はポリマー・マトリックスの表面は蛋白質又はペプチドの配列、例えばRGDペプチドの配列を含み、それが細胞表面インテグリンの付着部位を提供する。

10

【0138】

標準的な手順（例えば、Kemshead JT, Ugelstad J. (1985) Mol Cell Biochem. 67:11-18に記載されているようなもの）を用いて本発明の標的細胞が磁気的に修飾された。これらの粒子のサイズは、標的細胞のサイズ、並びに所望の磁気的引力の強さに依存する。本発明で使用する磁性粒子は、直径が50 nm以上、場合によっては100 nm以上という範囲にある。この範囲の上方の端で、磁性粒子は5マイクロメートル（ μm ）以下、場合によっては1 μm 以下という直径を有する。

【0139】

磁性粒子による磁気的接触表面のコーティング

20

本発明の方法は、医用デバイスの磁気的接触表面に磁気的細胞を磁気的に引きつけ保持するものである。このコーティングは、好ましくは、磁気的細胞を含むキャリア液体に医用デバイスを配置することによって行われる。医用デバイスの磁気的接触表面は、キャリア液体内の磁気的細胞が磁気的接触表面に引きつけられ保持されるようにキャリア液体内に配置される。

【0140】

このコーティング・プロセスは、インビボ又はex vivoで（例えばインビトロで）行われ、医用デバイスの磁気的接触表面を、例えば米国 特許 出願公開第US 2003/0082148 A1（Ludwigら）に記載されているようなインビボ補充プロセスにおける血流中の磁気的細胞の濃度に比べて顕著に高い濃度の磁気的細胞を含むキャリア液体内に配置することができる。

30

【0141】

磁気的細胞が供給されるキャリア液体はいろいろな形態をとることができるが、好ましくは生体適合性の液体である。適当な体適合性のキャリア液体の例としては、0.9%通常生理食塩水、リンゲル液、いろいろな組織培養培地、血清、血漿、全血、などがあるがそれだけに限定されない。溶液はまた、例えば、成長因子、ホルモン、およびその他の生物的物质又は合成物質、の一つ以上を含むことができる。

【0142】

キャリア液体の組成に関わりなく、キャリアー液体中の磁気的細胞の濃度は顕著な濃度であることが好ましい。例えば、磁気的細胞の濃度は、例えば1ミリリットル（ m l ）あたり1000個以上の磁気的細胞、場合によっては10,000個/ m l 以上、更に別の場合100,000個/ m l 以上、更に1,000,000個/ m l 以上、である。

40

【0143】

いくつかの態様では、埋め込み可能な医用デバイスに磁気的に引きつけられ保持される磁気的細胞は、リガンド結合、フィブロネクチン、抗体、蛋白質、等がない状態で埋め込み可能な医用デバイスに保持される。本質的に、任意の生体適合性のデバイス表面が細胞とデバイス表面の直接の接触に用いられ、表面の修飾は必要とされない。言い換えると、磁力が磁気的細胞を医用デバイスの磁気的接触表面に引きつけて保持することに関する主要な力であることが好ましい。

【0144】

50

別の態様では、本発明の方法は、磁氣的に医用デバイスをコーティングするために必要な時間によって特徴付けられる。例えば、この方法で、磁氣的コーティング表面を所望のレベルにまでコーティングするのに、コーティングされる医用デバイスを磁氣的細胞を含むキャリア液体に１時間以下の時間入れておく場合がある。場合によっては、コーティングはもっと短い時間で行われ、例えばある場合、医用デバイスをキャリア液体に３０分以下という時間、又は１５分以下という時間、又は１０分以下という時間、入れることによって磁氣的コーティング表面をコーティングすることが可能である。

【０１４５】

本発明の方法はまた、（インビボ又はインビトロコーティング方法に関して）医用デバイスの磁氣的接触表面の被覆に基づいて特徴づけられる。例えば、磁氣的細胞を含むキャリア液体と接触している医用デバイスの磁氣的接触表面で、キャリア液体と接触している磁氣的接触表面の２５％以上が磁氣的細胞でコーティングされていることが好ましいことがある。場合によっては、キャリア液体に入れられた磁氣的接触表面の５０％以上が磁氣的細胞でコーティングされていることが好ましく、別の場合にはキャリア液体に入れられた磁氣的接触表面の実質的に全部が磁氣的細胞でコーティングされていることが好ましい。更に、これらのコーティング・レベル、例えばキャリア液体と接触している磁氣的接触表面の２５％以上が磁氣的細胞でコーティングされることが３０分以内、１５分以内、又は１０分以内という時間で行われることが好ましい。

【０１４６】

前のパラグラフで述べたコーティング・レベルは、場合によっては、医用デバイスが使用される前に、例えば体内に埋め込まれる前に得られる。更に、本発明の方法は、医用デバイスを使用する（例えば、埋め込む）前に所望のコーティング・レベルが達成されたかどうかを決定するための磁氣的接触表面の検査を含む。検査によって、コーティングが受容できるものではないことが明らかにされた場合、コーティング・レベルを改善するためにその医用デバイスは所望の磁氣的細胞を含むキャリア液体に戻される。

【０１４７】

いくつかの態様では、本発明の方法は医用デバイスの磁氣的接触表面の一部だけを磁氣的細胞でコーティングする。磁氣的表面のこのような選択的コーティングは、例えば磁氣的接触表面の選択された部分だけを磁氣的細胞を含むキャリア液体と接触させることによって行われる。

【０１４８】

本発明の方法は、場合によっては、医用デバイスのすべての磁氣的接触表面を磁氣的細胞を含むキャリア液体と接触させて、例えば、磁氣的細胞がすべての磁氣的接触表面に磁氣的に引きつけられ保持されるようにする。そのような方法では、例えば、医用デバイス全体を磁氣的細胞を含むキャリア液体に浸すことが必要になる。

【０１４９】

本発明の医用デバイスは恒久的に磁性的ではない物質で作られることがあるので、本発明の方法は、場合によっては、医用デバイスの少なくとも一部分を磁化して、医用デバイスを磁氣的細胞を含むキャリア液体に入れたときにコーティングされることになる磁氣的接触表面を形成することが必要になる。磁場は、任意の適当な方法で、例えば医用デバイスを電場の中に置くことによって、医用デバイスを磁場の中に置くことによって、誘導することができる。

【０１５０】

磁化可能な医用デバイスを磁化させる装置および方法の一つが図３に示されている。医用デバイス２１０は管２００の内部に配置されたステントという形をしている。医用デバイス２１０は一つ以上の磁化可能な物質を含み、医用デバイス２１０に一つ以上の磁氣的接触表面を設けることができる。

【０１５１】

磁化可能な物質がここで説明されたような磁氣的生物細胞を引きつけるのに十分な強度の磁場をそれ自体で発現していない場合、被験者に埋め込んだ後にその磁化可能な物質を

10

20

30

40

50

磁場又は電場に曝露することが有利である。図示された装置は医療等級カテーテル 230 を含み、それはステント 210 の内部に形成された管腔を通して配置するようになっている。磁場発生器 240 を含む。別の態様では、医用デバイスは磁場発生器を通過させることができる管腔を含むことも、含まないこともある。そのような態様では、磁場発生器が埋め込み可能な医用デバイスの近くを通過するだけで充分である。

【0152】

本明細書で用いる場合、“医療等級カテーテル”とは被験者の体に挿入できるように構成されたカテーテルである。好ましくは、医療等級カテーテルは無菌化することができる。磁場発生器 240 は、例えば、図 3 に見られるようにカテーテル 230 の遠位端に近いセクション 242 を占めることができる。

10

【0153】

普通、磁場発生器 240 は医用デバイス 210 内の磁性物質が磁場を発現する（恒久的に磁化されていない場合）ように誘導するのに十分な磁場および／又は電場を供給することが好ましい。医用デバイスに誘導される磁場は十分に強く、磁場発生器 240 を医用デバイス 210 を通して前進させたときおよび／又は医用デバイス 210 を通して、例えば矢印 241 の方向に後退させたときに、ここで述べたような生物細胞を磁氣的に引きつけることができることが好ましい。いくつかの態様では、磁場発生器は医用デバイス 210 に、又はその近くに、予め選択された滞留時間とどまることが好ましい。

【0154】

いくつかの態様では、磁場発生器 240 は一つ以上の磁石という形をとる。別の態様では、磁場発生器は一つ以上の電気コイルという形をとり、この電気コイルがカテーテルの長さに沿って延びてコイルに電気エネルギーを供給する電気リード線 244 によって電源 246 に結合される。電源 246 は、医用デバイス 210 が埋め込まれる被験者の体の外にあることが好ましい。いずれの形においても、磁場発生器 240 は、磁場発生器 240 のすぐ近くにある磁化可能物質に磁化を誘導することができることが好ましい。

20

【0155】

カテーテル 230 とその磁場発生器 240 はまた、医用デバイス 210 を磁化するということ以外の機能もある。いくつかの態様では、カテーテル 230 を用いて埋め込まれた医用デバイス 210 を消磁することができる。磁氣的に引きつけられた生物細胞が医用デバイス 210 に別の付着物を形成した後（例えば 24-48 時間後）に望ましいことがある。磁場発生器 240 が磁氣的医用デバイスを消磁するための消磁エレメントとして構成されている場合、医用デバイスのインビボ消磁を行うことができる。

30

【0156】

消磁が本発明の一部として行われる場合、消磁は医用デバイスが発現する磁場を必ずしも除去するわけではない。消磁は、単に磁場強度を減少させて消磁の前に磁氣的接触表面が発現していた磁場強度よりも低くするだけである。場合によっては、消磁の結果として磁場強度が、例えば 50% 以上減少することが望ましい。

【0157】

カテーテルとその磁場発生器が医用デバイス 210 と関連してステントの形で示されているが、埋め込まれた医用デバイスのインビボ磁化は、殆どどのような埋め込まれた医用デバイスでも行うことができる。更に、磁場発生器は埋め込まれた医用デバイスを通して挿入されなくてもよい。磁場発生器は、医用デバイスに所望の磁化を誘導するために埋め込まれた医用デバイスの近くにあるだけでよい。

40

【0158】

場合によっては、磁場発生器は埋め込まれた医用デバイスを磁化するためにあるインビボ位置まで前進させる必要さえない。例えば、磁場発生器は、被験者の体の外で、埋め込まれた医用デバイスに充分近い位置に配置して医用デバイスの磁性物質に磁化を誘導することができる。このような用途では、消磁も埋め込まれた医用デバイスの近くに配置された外部消磁装置を用いて行うことができる。

【0159】

50

図４に示されている装置は、本発明の原理によるインビボ磁氣的コーティングのために医用デバイスを磁化する別の方法の例を示す。この装置は、例えばガイドカテーテル、シース、等の細長い本体３５０を含み、それは好ましくは、近位端３５２から遠位端３５４へ延びる少なくとも一つの管腔を含む。本体３５０は、好ましくは、医用デバイス３１０を体内の場所まで送達するのを助けるようになっている。医用デバイス３１０は、好ましくは例えば図４に見られるように、カテーテル３２０で運ばれる。

【０１６０】

図４の装置は、埋め込みプロセスのさいに医用デバイスを磁化しようになっている。そのために、装置は好ましくは、本体３５０の近位端３５２の近くに配置された磁場発生器３６０を含む。磁場発生器３６０は被験者の体に入らないように位置し、本体３５０の遠位端３５４も同様であることが好ましい。本体３５０を通して前進するとき、医用デバイス３１０が磁場発生器３６０のそばを通過し、又は磁場発生器３６０内に形成された開口を通り、磁場が医用デバイス３１０に誘導されることが好ましい。

【０１６１】

ある態様では、磁場発生器３６０は一つ以上の磁石という形をとる。別の態様では、磁場発生器３６０は、リード３６２によって電源３６４に結合された一つ以上の電気コイルという形をとる。いずれの形でも、磁場発生器３６０は、磁場発生器３６０のすぐ近くに位置する磁化可能な物質に磁化を誘導できることが好ましい。

【０１６２】

磁氣的細胞による医用デバイスのコーティングは、インビトロで行うこともできるが、医用デバイスを体の内部の所望の場所に配置した後に、すなわち、インビボで磁氣的にコーティングすることが好ましい。しかし、医用デバイスの磁氣的接触表面を十分にコーティングするために十分な数の磁氣的細胞を供給するためには、医用デバイスをインビボで画定された体積内部に用意することが望ましい。その後、選択された磁氣的細胞を含むキャリア液体がその画定された体積に導入され、磁氣的細胞が医用デバイスの磁氣的接触表面に引きつけられ、保持される。画定された体積は、他の体液、例えば血液、脳脊髄液、胆汁、等を排除するような仕方で設けることができる。このようなインビボ磁氣的コーティングは、好ましくは、ここで述べたような埋め込み前に、埋め込み中に、および／又は埋め込み後に、埋め込み可能な医用デバイスの磁化の後に行われる。

【０１６３】

場合によっては、キャリア液体が導入される画定された体積は自然に生ずる流体、例えば、血液、胆汁、唾液、尿、脳脊髄液、および胃腸管、腹腔、胸腔、心臓周囲サックの液体、および関節空洞の関節液、等である。

【０１６４】

別の場合には、画定された体積をインビボで作り出すことが好ましい。図２は、磁氣的細胞を含むキャリア液体を導入する画定された体積をインビボで作り出すために用いられる一つの方法を示す概略図である。図示された方法は、血管などの管腔１００の中で、適当な手法、例えばガイドワイヤを用いてその位置にガイドすることができるカテーテル１２０を用いて行われる。

【０１６５】

図示された態様では、血管１００にカテーテル１２０が配置される前にステント１１０が血管１００内に位置している。あるいはまた、カテーテル１２０が血管１００内にステント１１０を展開するための展開用バルーンやその他の構造を含む場合、カテーテル１２０を用いてステント１１０を送達し展開することができる。

【０１６６】

ステント１１０が配置された状態で、カテーテル１２０が、第一のシール１２２がステント１１０の上流に位置し、第二のシール１２４がステント１１０の下流に位置するように配置される。図示された態様では、上流および下流位置は、血管１００を通る血液の流れを示す矢印１０２に対するものである。いったん配置されると、シール１２２と１２４は近位端１２２と遠位端１２４の間に画定された体積を囲むように展開される。シール

２２と１２４は、例えばカテーテル１２０における一つ以上の管腔を通して膨らますことができるバルーンであってもよい。

【０１６７】

シール１２２と１２４が動作している状態で、磁氣的細胞を含むキャリア液体をシール１２２と１２４の間で血管１００内にある画定された体積に送達することができる。図示された態様では、磁氣的細胞を含むキャリア液体はカテーテル１２０内に位置する管腔を通して送達することができ、キャリア液体と磁氣的細胞はカテーテル１２０の開口１２６を通して画定された体積に入ってゆく。その他に多くの流体送達構造が当業者には公知であろう。

【０１６８】

管１００が血管であり、キャリア液体と磁氣的細胞がシール１２２と１２４によって囲まれる画定された体積内に血管１００を通る血流を止めることができる時間よりも長い時間とどまることが望ましい場合、カテーテル１２０は灌流カテーテルとすることができる、すなわち、血液を第一のシール１２２の上流側から第二のシール１２４の下流側を過ぎた点まで血液を通すことができる管腔を含むカテーテルである。

【０１６９】

キャリア液体と磁氣的細胞が画定された体積にステント１１０を磁氣的細胞で磁氣的にコーティングするのに十分な時間とどまった後、シール１２２と１２４を開いて（例えば、シールがバルーンの形で設けられている場合、収縮させて）、ステント１１０が画定された体積内に含まれないようにすることができる。望むならば、シールを開く前にキャリア液体を画定された体積から排出することもできる。

【０１７０】

図２に関連して説明したデバイスおよび方法のある変形例では、第一のシール１２２がオプションであってもよいということが理解されるであろう。言い換えると、管１００が血液などの流体の連続的な通過に用いられる場合、第二のシール１２４だけしか必要でないのかもしれない。下流側のシール１２４を閉じて所望の磁氣的細胞を含むキャリア液体を、例えばステント１１０の場所における血圧よりも大きな圧力で供給することによって、キャリア液体と磁氣的細胞を下流側シール１２４とシール１２４に向かって流れる流体（例えば、血液）によって画定される体積内にトラップすることができる。場合によっては、シール１２４の上流側のキャリア液体を、例えば、図２に示されたデバイスを送るのに用いられるガイドカテーテルの管腔を用いて送ることができる。場合によっては、シール１２２の下流側のキャリア液体を送ることが可能である（例えば、シール１２４を配置せずに、又は一つのシールだけを含むデバイスを用いて）。シール１２２による閉塞によって生ずる血流の欠如が、好ましくは、送られた液体がシール１２２の下流側にステント１１０を磁氣的にコーティングするのに十分な時間とどまることが可能にするであろう。

【０１７１】

図２に関して説明したような動作が可能なデバイスの例は、例えば、米国 特許 Nos. 6,575,932 (O'Brienら); 5,558,642 (Schweich, Jr.ら); 5,135,484 (Wright), etc.に見られる。

【０１７２】

場合によっては、磁氣的医用デバイスをインビトロで磁氣的にコーティングすることが可能であり、望ましくさえある。例えば、本発明は、例えば人工血管又は透析用の動静脈グラフトとして設置するように設計されたフレキシブルなチューブ状導管を含むキットの形をとることもある。そのような導管は、好ましくは、天然又は人工の生体適合性の繊維布で画定される管腔を含み、布には磁化された繊維が織り込まれて磁氣的細胞を管腔の内側表面に引きつけて保持する。このような導管にインビトロでキャリア液体と磁氣的細胞を満たすことができる。キャリア液体のインビトロ滞留時間は管腔の内側表面に磁氣的細胞が付着するまで延ばし、その後導管を外科的に、例えばバイパスグラフト又は動静脈ろうとして埋め込むことができる。

【０１７３】

本発明のキット

本明細書で記載されたいろいろなコンポーネントや材料を異なるキットに寄せ集めて、開業医が本発明の方法を実施する助けにすることができる。これらのキットは、好ましくは、単一の殺菌できるパッケージに収めて更に開業医が利用しやすいようにする。このようなキットのいくつかの典型的な態様を以下で説明する。

【0174】

本発明による可能なキットの一つの態様は、医用デバイスをインビボで磁氣的にコーティングするためのキットである。そのようなキットは、例えば、磁氣的接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイスと、埋め込み可能な医用デバイスが埋め込まれたときに配置されるインビボの画定された体積を囲むための手段を含む。画定された体積を囲むための手段は、本明細書に記載された構造およびその同等物のいずれかを含む。キットの中の埋め込み可能な医用デバイスは、例えば、血管ステント、脈管グラフト (vascular graft)、生物導管の人工補装具；心臓弁、人工心臓、左心室補助装置、および電子リードからなる群から選択できる。インビボで画定された体積を囲むための手段は、例えば血管などの生物導管において画定された体積を囲むようになっている。

【0175】

本発明によるキットの別の態様は、医用デバイスを磁氣的にコーティングスルキットを含む。このようなキットは、例えば、磁氣的接触表面を有する埋め込み可能な医用デバイスとインビボで生物導管において画定された体積を与えるためのカテーテルを含む。カテーテルは、生物導管内に配備されたときに導管を閉じることができる少なくとも一つのシール、カテーテルの近位端から該少なくとも一つのシールに近い場所まで延びるキャリア液体用管腔、および該少なくとも一つのシールの近くのキャリア液体用管腔の開口、を含み、キャリア液体用管腔におけるキャリア液体は、キャリア液体が画定された体積内にあるようにシールの近くでカテーテルから出てゆくことができる。このようなキットにおいて、少なくとも一つのシールが一对のシールを含み、その一对のシールが生物導管内に展開されると画定された体積がその一对のシールによって囲まれるようにすることができる。各シールは、膨らますことができるバルーンを含み、カテーテルは、カテーテルの近位端からシールまで延びる一つ以上の膨張用管腔を含むことができる。キットのコンポーネントは、血管の形の生物導管内に展開するように適合させることができる。

【0176】

本発明に関連して提供されるキットの別の態様は、インビボで医用デバイスを磁化するためのキットである。このキットは、磁性物質を含む埋め込み可能な医用デバイスと、該埋め込み可能な医用デバイスの磁性物質をインビボで磁化するための磁化装置を含む。磁化装置は、近位端と遠位端を有する医療等級カテーテルを含む。磁場発生器をカテーテルに操作的に取り付けて、磁場発生器がカテーテルの遠位端の近くにあるようにすることができる。磁場発生器は、好ましくは、被験者の生物導管を通して前進させることができるようなサイズにする。埋め込み可能な医用デバイスは、血管ステント、脈管グラフト (vascular graft)、生物導管の人工補装具；心臓弁、人工心臓、左心室補助装置、および電子リードからなる群から選択できる。磁場発生器は、永久磁石を含むことができる。あるいはまた、磁場発生器は、電気コイルと電気コイルに取り付けられた電気リードを含み、電気リードがカテーテルの近位端の方へ延び、電気エネルギーが電気リードによって電気コイルに供給できるようにすることができる。ある実施の形態では、電気リードはカテーテルの近位端まで延びている。このキットはまた、電気コイルに電気エネルギーを供給するための電源を含む。更に別の態様では、(ここで述べたように) キットは、埋め込み可能な医用デバイスが埋め込まれたときに配置される画定された体積をインビボで囲む手段を含む。

【0177】

本発明によるキットの更に別の態様は、医用デバイスを磁化するためのキットを含み、キットは磁性物質を含む埋め込み可能な医用デバイスと、埋め込み可能な医用デバイスを磁化するための磁化装置を含む。磁化装置は近位端と遠位端を有する細長い本体を含み、

細長い本体は近位端から遠位端へ延びる管腔を含む。磁化装置はまた、細長い本体の近位端の近くに位置する磁場発生器を含み、管腔を通して近位端から遠位端の方へ進められる医用デバイスは磁場発生器が発生する磁場を通過する。磁場発生器は永久磁石を含むことができる。ある実施の形態では、磁場発生器は、電気コイルと電気コイルに取り付けられた電気リードを含み、電気エネルギーが電気リードによって電気コイルに供給できる。このキットはまた、電気コイルに電気エネルギーを供給するための電源を含む。細長い本体は、好ましくは、生物導管、例えば血管、に挿入するのに適合したガイドカテーテルの形をしている。あるいはまた、細長い本体は導入シース (introducer sheath) の形であってもよい。

【 0 1 7 8 】

10

本発明のいろいろなキットはまた、磁気チャージをここで述べたような複数の生物細胞に結びつける手段を含むことができる。キットはまた、インピボで囲まれた画定された体積に送給されるキャリア液体を含むこともできる。キャリア液体は、好ましくは、生体適合性の液体、例えば、0.9%通常生理食塩水、リンゲル液、組織培養培地、血清、および血漿、などである。キットはまた、キャリア液体をインピボで囲まれた画定された体積に送球する手段、例えば、カテーテル、カテーテル内の管腔、注射器、針、等を含むことができる。

【 0 1 7 9 】

ここで言及した文献は、もっぱら本出願の出願日以前の開示に関してあげられた。ここで言及したすべての文献は、文献の引用に関連した方法および/又は物質を開示し記載するために参照することにより本明細書に取り込む。本明細書における如何なる記述も、以前の発明のために本発明がこれらの文献よりも日付が前であると主張する資格がないという意味に解釈してはならない。更に、示された公開の日付は実際の公開日付と異なる可能性もあり、それは独立に確認する必要がある可能性がある。

20

【図面の簡単な説明】

【 0 1 8 0 】

【図 1】図 1 は、本発明による医用デバイスの一例を示す斜視図である。

【図 2】図 2 は、インピボで埋め込み可能な医用デバイスを磁氣的にコーティングする方法を示す概略ダイアグラムである。

【図 3】図 3 は、インピボで埋め込み可能な医用デバイスを磁化する装置と方法を示す概略図である。

30

【図 4】図 4 は、埋め込みプロセスで埋め込み可能な医用デバイスを磁化する装置と方法を示す概略図である。

【図 1】

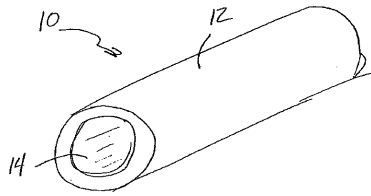


FIG. 1

【図 2】

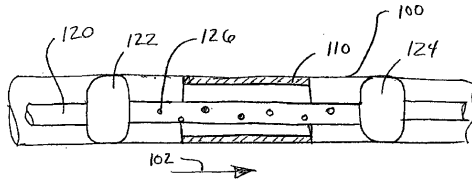


FIG. 2

【図 3】

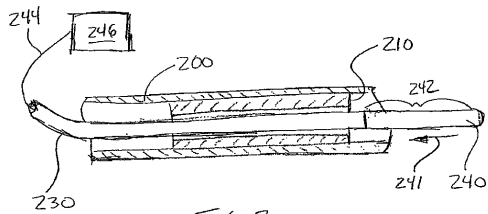


FIG. 3

【図 4】

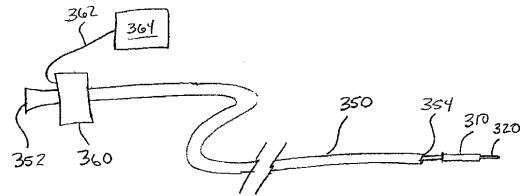


FIG. 4

フロントページの続き

- (72)発明者 サンデュ, ガーブリート エス.
アメリカ合衆国, ミネソタ 55906, ロチェスター, ダーシー ドライブ ノースイースト
3211
- (72)発明者 シマリ, ロバート ディー.
アメリカ合衆国, ミネソタ 55902, ロチェスター, ブリット レーン サウスウエスト 1
911
- (72)発明者 サンデュ, ニコル ピー.
アメリカ合衆国, ミネソタ 55906, ロチェスター, ダーシー ドライブ ノースイースト
3211
- (72)発明者 グラティ, ラジブ
アメリカ合衆国, ミネソタ 55902, ロチェスター, セカンド ストリート サウスウエスト
2804, #218

審査官 川島 徹

- (56)参考文献 米国特許出願公開第2003/0082148 (US, A1)
米国特許出願公開第2002/0133219 (US, A1)
国際公開第02/056799 (WO, A2)
特開平03-082465 (JP, A)
特開平05-184681 (JP, A)
特表2001-517973 (JP, A)

(58)調査した分野(Int.Cl., DB名)

A61F 2/06
A61F 2/04
A61F 2/84
A61L 27/00
A61L 29/00