

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11) 特許出願公開番号

特開2009-106752

(P2009-106752A)

(43) 公開日 平成21年5月21日(2009.5.21)

(51) Int.Cl.

A 61 B 17/072 (2006.01)

F 1

A 61 B 17/10 3 1 O

テーマコード(参考)

4 C 1 6 O

審査請求 未請求 請求項の数 12 O L (全 26 頁)

(21) 出願番号 特願2008-278583 (P2008-278583)
 (22) 出願日 平成20年10月29日 (2008.10.29)
 (31) 優先権主張番号 61/001,241
 (32) 優先日 平成19年10月31日 (2007.10.31)
 (33) 優先権主張国 米国(US)
 (31) 優先権主張番号 12/252,427
 (32) 優先日 平成20年10月16日 (2008.10.16)
 (33) 優先権主張国 米国(US)

(特許庁注:以下のものは登録商標)

1. ZIGBEE

(71) 出願人 507362281
 タイコ ヘルスケア グループ リミテッド パートナーシップ
 アメリカ合衆国 コネチカット 06473, ノース ハイブン, ミドルタウン アベニュー 60
 (74) 代理人 100107489
 弁理士 大塙 竹志
 (72) 発明者 マイケル エー. ゼムロック
 アメリカ合衆国 コネチカット 06712, プロスペクト, ブルックシャーブライブ 14

最終頁に続く

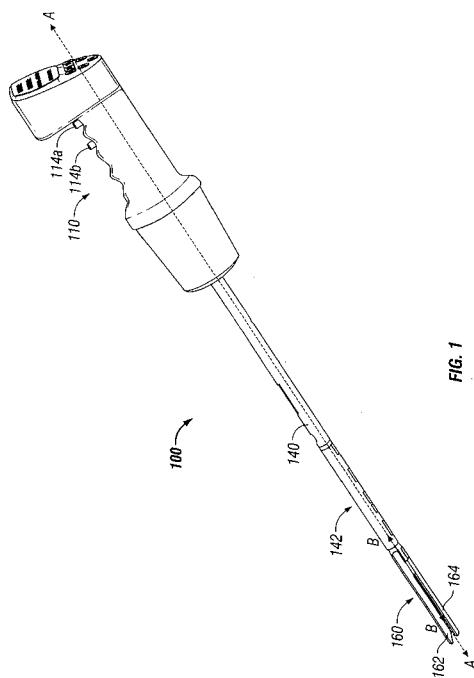
(54) 【発明の名称】動力付き外科用器具

(57) 【要約】

【課題】より小さな力で操作できるアクチュエーターを備え、片手操作で複数の機能を実施する動力付き外科用器具を提供する。

【解決手段】外科用ステープル留め器具であって:ハンドルアセンブリ;該ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する第1の内視鏡部分であって、その近位部分に隣接するハウジング、および作動部材を含む第1の内視鏡部分;該第1の内視鏡部分のハウジングと機械的に協働し配置されるモーターであって、該作動部材を実質的に該長手方向軸に沿って移動するために該作動部材に作動可能に連結されるモーター;および該第1の内視鏡部分の遠位部分に選択的に連結可能な第1の端部エフェクターであって、第1のステープル留め機能を実施するような形態の第1の端部エフェクター、を備える、外科用ステープル留め器具。

【選択図】図1



【特許請求の範囲】**【請求項 1】**

外科用ステープル留め器具であって：

ハンドルアセンブリ；

該ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する第1の内視鏡部分であって、その近位部分に隣接するハウジング、および作動部材を含む第1の内視鏡部分；

該第1の内視鏡部分のハウジングと機械的に協働し配置されるモーターであって、該作動部材を実質的に該長手方向軸に沿って移動するために該作動部材に作動可能に連結されるモーター；および

該第1の内視鏡部分の遠位部分に選択的に連結可能な第1の端部エフェクターであって、第1のステープル留め機能を実施するような形態の第1の端部エフェクター、を備える、外科用ステープル留め器具。

【請求項 2】

前記第1の端部エフェクターが、前記長手方向軸から離れて旋回可能であるように旋回可能に取り付けられる、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 3】

前記第1の端部エフェクターが前記作動部材と係合するように構成された関節運動リンクを含み、該関節運動リンクが実質的に前記長手方向軸に沿って移動可能であり、該第1の端部エフェクターを該長手方向軸から離れて旋回させる、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 4】

前記第1の内視鏡部分のハウジングが、前記ハンドルアセンブリに回転可能に連結されているノブを含む、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 5】

前記第1の内視鏡部分のハウジングが、前記作動部材に作動可能に連結されるアクチュエーターを含む、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 6】

前記ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能な第2の内視鏡部分をさらに備える、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 7】

前記第1の内視鏡部分および前記第2の内視鏡部分の少なくとも1つの遠位部分に選択的に連結可能な第2の端部エフェクターをさらに備え、該第2の端部エフェクターが第2のステープル留め機能を実施する、請求項6に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 8】

前記第1の端部エフェクターがアンビルアセンブリおよびステープルカートリッジアセンブリを含み、該アンビルアセンブリおよび該ステープルカートリッジアセンブリの少なくとも1つが他方に対して旋回して移動可能であり、そしてここで、前記第2の端部エフェクターが円形ステープル留めアセンブリを含む、請求項7に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 9】

前記第1の内視鏡部分が、前記ハンドルアセンブリに対して実質的に前記長手方向軸の周りで回転可能である、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 10】

前記第1の内視鏡部分が、前記ハンドルアセンブリの導電性部分と電力を伝達するための接触点を含む、請求項1に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 11】

前記第1の内視鏡部分のハウジングが、前記ハンドルアセンブリに対して該第1の内視鏡部分の回転を可能にするノブを含み、該ハンドルアセンブリの導電性部分が、該ハンドルアセンブリに対する該第1の内視鏡部分の回転の間に、該導電性部分と前記接触点との間

10

20

30

40

50

の実質的に連続した接触を可能にする円形である、請求項 10 に記載の外科用ステープル留め器具。

【請求項 12】

外科用ステープル留め器具であって：

作動可能に配置された導電性部分を含むハンドルアセンブリ；

該ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する内視鏡部分；

該内視鏡部分の遠位端に選択的に連結可能な端部エフェクターであって、ステープル留め機能を実施するような形態である端部エフェクターを備え、そして

ここで、該ハンドルアセンブリが手動で制御可能な内視鏡部分および付随するモーターを含む内視鏡部分に選択的かつ作動可能に連結される形態である、外科用ステープル留め器具。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

(関連出願への相互参照)

本出願は、2007年10月31日に出願された米国仮出願番号第 61/001,241 号の利益および優先権を主張しており、その全体の内容は、本明細書中に参考として援用される。

【0002】

(技術分野)

本開示は、身体組織を固定するための外科用器具に、そしてより特定すれば、この器具の回転、関節運動および作動を行うために移動可能である形態の駆動ギアを有する動力付き外科用器具に関する。

【背景技術】

【0003】

組織が最初に対向する顎構造間に把持またはクランプ留めされ、次いで外科用ファスナーによって接続される外科用デバイスは、当該技術分野で周知である。いくつかの器具では、ナイフがファスナーによって接続された組織を切断するために提供される。これらファスナーは、代表的には、外科用ステープルおよび 2 つの部分のポリマーファスナーを含む。

【0004】

この目的のための器具は、組織を捕捉またはクランプ留めするためにそれぞれ用いられる 2 つの細長い部材を含み得る。代表的には、これら部材の 1 つは、列で配列された複数のステープルを収容するステープルカートリッジを保持し、その一方、他方の部材は、ステープルがステープルカートリッジから駆動されるとき、ステープル脚を形成するための面を規定するアンビルを有する。いくつかの器具は、クランプ、ハンドルおよび / またはノブを含み、端部エフェクターの回転および関節運動とともに作動を行う。このような外科用器具は、ユーザーが、ハンドル、ノブなどを操作する上でかなりの力を及ぼすことを要求し得、そしてこの器具を操作するために片手より多くを必要とする。

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

【0005】

より小さい力で操作するアクチュエーターを備える外科用器具が所望される。さらに、片手操作で複数の機能を実施する外科用器具もまた所望される。

【課題を解決するための手段】

【0006】

本開示は、ハンドルアセンブリ、第 1 の内視鏡部分、モーター、および第 1 の端部エフェクターを含む外科用ステープル留め器具に関する。この第 1 の内視鏡部分は、上記ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定し、その近

10

20

30

40

50

位部分に隣接するハウジングを含み、そして作動部材を含む。上記モーターは、上記第1の内視鏡部分のハウジングとの機械的に協働し配置される。上記モーターは、上記作動部材を実質的に該長手方向軸に沿って移動するために上記作動部材に作動可能に連結される。上記第1の端部エフェクターは、上記第1の内視鏡部分の遠位部分に選択的に連結可能であり、そして第1のステープル留め機能を実施するような形態である。

【0007】

本開示はまた、ハンドルアセンブリ、内視鏡部分および端部エフェクターアセンブリを含む外科用ステープル留め器具に関する。上記ハンドルアセンブリは、それと作動可能に配置された導電性部分を含む。上記内視鏡部分は、上記ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する。上記端部エフェクターは、上記内視鏡部分の遠位端に選択的に連結可能な端部エフェクターであり、そしてステープル留め機能を実施するような形態である。上記ハンドルアセンブリは、手動で制御可能な内視鏡部分および付随するモーターを含む内視鏡部分に選択的かつ作動可能に連結される形態である。

10

【0008】

本発明は、さらに以下の手段を提供する。

(項目1) 外科用ステープル留め器具であって：

ハンドルアセンブリ；

該ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する第1の内視鏡部分であって、その近位部分に隣接するハウジング、および作動部材を含む第1の内視鏡部分；

20

該第1の内視鏡部分のハウジングと機械的に協働し配置されるモーターであって、該作動部材を実質的に該長手方向軸に沿って移動するために該作動部材に作動可能に連結されるモーター；および

該第1の内視鏡部分の遠位部分に選択的に連結可能な第1の端部エフェクターであって、第1のステープル留め機能を実施するような形態の第1の端部エフェクター、を備える、外科用ステープル留め器具。

(項目2) 上記第1の端部エフェクターが、上記長手方向軸から離れて旋回可能であるように旋回可能に取り付けられる、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

30

(項目3) 上記第1の端部エフェクターが上記作動部材と係合するように構成された関節運動リンクを含み、該関節運動リンクが実質的に上記長手方向軸に沿って移動可能であり、該第1の端部エフェクターを該長手方向軸から離れて旋回させる、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目4) 上記第1の内視鏡部分のハウジングが、上記ハンドルアセンブリに回転可能に連結されているノブを含む、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目5) 上記第1の内視鏡部分のハウジングが、上記作動部材に作動可能に連結されるアクチュエーターを含む、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目6) 上記ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能な第2の内視鏡部分をさらに備える、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

40

(項目7) 上記第1の内視鏡部分および上記第2の内視鏡部分の少なくとも1つの遠位部分に選択的に連結可能な第2の端部エフェクターをさらに備え、該第2の端部エフェクターが第2のステープル留め機能を実施する、項目6に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目8) 上記第1の端部エフェクターがアンビルアセンブリおよびステープルカートリッジアセンブリを含み、該アンビルアセンブリおよび該ステープルカートリッジアセンブリの少なくとも1つが他方に対して旋回して移動可能であり、そしてここで、上記第2の端部エフェクターが円形ステープル留めアセンブリを含む、項目7に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目9) 上記第1の内視鏡部分が、上記ハンドルアセンブリに対して実質的に上記長手方向軸の周りで回転可能である、項目1に記載の外科用ステープル留め器具。

50

(項目10) 上記第1の内視鏡部分が、上記ハンドルアセンブリの導電性部分と電力を伝

達するための接触点を含む、項目 1 に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目 1 1) 上記第 1 の内視鏡部分のハウジングが、上記ハンドルアセンブリに対して該第 1 の内視鏡部分の回転を可能にするノブを含み、該ハンドルアセンブリの導電性部分が、該ハンドルアセンブリに対する該第 1 の内視鏡部分の回転の間に、該導電性部分と上記接触点との間の実質的に連続した接触を可能にする円形である、項目 1 0 に記載の外科用ステープル留め器具。

(項目 1 2) 外科用ステープル留め器具であって：

作動可能に配置された導電性部分を含むハンドルアセンブリ；

該ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する内視鏡部分；

該内視鏡部分の遠位端に選択的に連結可能な端部エフェクターであって、ステープル留め機能を実施するような形態である端部エフェクターを備え、そして

ここで、該ハンドルアセンブリが手動で制御可能な内視鏡部分および付随するモーターを含む内視鏡部分に選択的かつ作動可能に連結される形態である、外科用ステープル留め器具。

【0009】

(摘要)

ハンドルアセンブリ、第 1 の内視鏡部分、モーター、および第 1 の端部エフェクターを含む外科用ステープル留め器具が開示される。この第 1 の内視鏡部分は、上記ハンドルアセンブリの遠位部分に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸を規定する。上記第 1 の内視鏡部分は、その近位部分に隣接するハウジング、および作動部材を含む。上記モーターは、上記第 1 の内視鏡部分のハウジングと機械的に協働し配置され、そして上記作動部材を実質的に該長手方向軸に沿って移動するために上記作動部材に作動可能に連結される。上記第 1 の端部エフェクターは、上記第 1 の内視鏡部分の遠位部分に選択的に連結可能であり、そして第 1 のステープル留め機能を実施するような形態である。

【発明を実施するための最良の形態】

【0010】

本明細書に開示される動力付き外科用器具の実施形態を、ここで、図面を参照して詳細に説明し、図面では、同様の参考番号は、いくつかの図の各々で同一または対応する要素を指定する。本明細書で用いられるとき、用語「遠位」は、ユーザーからより遠い、動力付き外科用器具のその部分、またはその構成要素をいい、その一方、用語「近位」は、ユーザーにより近い動力付き外科用器具のその部分、またはその構成要素をいう。

【0011】

本開示に従う動力付き外科用器具、例えば、外科用ステープラーは、図面中では、参考番号 100 として言及される。最初に図 1 を参照して、動力付き外科用器具 100 は、ハウジング 110、それを通じて延びる長手方向軸 A - A を規定する内視鏡部分 140、および長手方向軸 B - B (図 1 では軸 A - A と実質的に整列されて示される) を規定する端部エフェクター 160 を含む。内視鏡部分 140 は、ハウジング 110 から遠位方向に伸び、そして端部エフェクター 160 は、内視鏡部分 140 の遠位端 142 に隣接して配置される。

【0012】

図 2 および 3 を参照して、ハウジング 110 の拡大図が、本開示の実施形態に従って示される。示される実施形態では、ハウジング 110 は、その上に少なくとも 1 つのボタン 114 (2 つのボタン 114 a および 114 b が示される) を有するハンドル部分 112 を含む。ハンドル軸 H - H を規定するハンドル部分 112 は、ユーザーの指に対応する窪み 116 を有して示される。各ボタン 114 a および 114 b は、窪み 116 上に配置されているとして示され、ユーザーの指によるその押し下げを容易にする。

【0013】

図 2 および 3 を続けて参照し、ハウジング 110 の近位領域 118 は、ユーザーインターフェース 120 を含む。示される実施形態では、ユーザーインターフェース 120 は、

10

20

30

40

50

スクリーン 122 および少なくとも 1 つのスイッチ 124 (7 つのスイッチ 124a ~ 124g が示される) を含む。スクリーン 122 は、実施形態における動力付き外科用器具の状況情報を含む読み取り可能な情報をその上に表示する。スイッチ 124a ~ 124g は、以下に詳細に論議されるような、動力付き外科用器具 100 の種々の作用を制御する。

【 0014 】

図 4 ~ 7 、 9 ~ 11 および 14 は、動力付き外科用器具 110 の種々の内部構成要素を示し、駆動ギア 200 または駆動部材、駆動モーター 210 およびシフトモーター 220 を含む。例えば、3 - 位置ソレノイドが、シフトモーター 220 に対する代替物として用いられ得る。駆動ギア 200 は、それを通って延びる駆動ギア軸 C - C の周りで回転可能であり、そして駆動ギア軸 C - C に沿って選択的に移動可能である (図 4) 。駆動モーター 210 は、駆動ギア 200 と機械的に協働し配置され、そして駆動ギア軸 C - C の周りで駆動ギア 200 を回転するような形態である。シフトモーター 220 は、駆動ギア 200 と機械的に協働し配置され (駆動モーター 210 は、開示される実施形態によれば、駆動ギア 200 とシフトモーター 220 との間に示される) 、そして駆動ギア 200 を駆動ギア軸 C - C に沿って軸方向に並進するような形態である。開示される実施形態では、駆動モーター 210 および / またはシフトモーター 220 は、そのハウジング内に取り込まれた歯車装置を含み得るモーターまたはギアモーターであり得る。

10

【 0015 】

シフトモーター 220 は、複数の位置間で駆動ギア 200 を選択的に移動させるような形態であり ; 示される実施形態では 3 つの位置が示される。図 5 および 6 に示される第 1 の位置は、端部エフェクター 160 の回転を可能にし ; 図 7 に示される第 2 の位置は、端部エフェクター 160 の関節運動を可能にし ; そして図 9 ~ 11 および 14 に示される第 3 の位置は、動力付き外科用器具 110 の作動を可能にする。

20

【 0016 】

駆動モーター 210 を取り囲む駆動モーターケーシング 212 の切り取り図が、図 4 ~ 7 、 9 ~ 10 および 14 に示される。駆動モーターケーシング 212 は、その中に複数のスロット 214 (3 つのスロット 214a 、 214b および 214c が示される) を含む。各スロット 214 は、位置ロック 216 と嵌合可能であり、駆動ギア 210 を所望の位置に維持する。例えば、図 5 では、位置ロック 216 は、その第 1 の位置にある駆動ギア 200 と対応するスロット 214a と嵌合して示される。図 7 では、位置ロック 216 は、その第 2 の位置にある駆動ギア 200 と対応するスロット 214b と嵌合して示される。図 9 、 10 、および 14 は、その第 3 の位置にある駆動ギア 200 と対応するスロット 214c と嵌合した位置ロック 216 を示す。示される実施形態では、位置ロック 216 は、駆動モーターケーシング 212 に向かってスプリング付勢され、これは、駆動モーター 210 を所望の位置に配置および維持することを支援する。

30

【 0017 】

示される実施形態では、シフトモーター 220 は駆動モーター 210 の近位方向に位置され、そして駆動モーター 210 を、その第 1 、第 2 および第 3 の位置の間で駆動ギア軸 C - C に沿って並進させるような形態である。図 10 を参照して、シフトモーター 220 は、開示される実施形態によれば、内部にねじのあるねじハウジング 223 (図 10 を参照のこと) と組み合わせてシフトねじ 222 を駆動するとして示される。さらに、シフトセンサー 224 (図 4 を参照のこと) (例えば、位置ロック 216 により起動されるマイクロスイッチまたは光学的 / 強磁性の近接センサー) が位置ロック 216 に隣接して配置され、このシフトセンサー 224 は、少なくとも 1 つのスイッチ 124 と電気的に通じており、シフトモーター 220 をスタートまたは停止し、そして / または駆動モーター 210 の位置に関するフィードバックを提供する (例えば、動力付き外科用器具 100 のための操作モードが、望ましくは、スクリーン 122 上に表示される) ということが開示されている。例えば、駆動モーター 210 の位置が、ユーザーインターフェース 120 のスクリーン 122 上に示され得る。

40

50

【0018】

図5および6を参照して、駆動ギア200の第1の位置が示される。ここで、リングギア230または回転部材がハウジング110内に配置され、そしてリングギア230の回転が、動力付き外科用器具100の内視鏡部分140、端部エフェクター160および遠位ハウジング部分110aの回転を引き起こす。リング230の内面は、駆動ギア200を係合するためにねじおよび／または歯を含み、そして遠位ハウジング部分110aに取り付けられ、遠位ハウジング部分110aは、近位ハウジング部分110bの遠位方向に配置されることが想定される。さらに、遠位ハウジング部分110aは、近位ハウジング部分110bに対して、遠位ハウジング部分110a内に配置された周縁に配置されるチャンネル232、および近位ハウジング部分110b内に配置される対応して周縁に配置されたフランジ234を経由して回転可能である。

10

【0019】

実施形態では、リングギア230は、遠位ハウジング部分110a内に堅く固定され、そして駆動ギア200と嵌合して係合可能である。それ故、駆動ギア200の回転は、リングギア230を、そしてそれ故遠位ハウジング部分110aを回転させる。図2では、リップ235が示され、これは、ユーザーの手を回転可能な遠位ハウジング部分110aから隔離する。（恐らくは商標名Teflon（登録商標）の下で販売される合成樹脂フッ素含有ポリマーから作製される）複数のワッシャまたはボールベアリングが、遠位ハウジング部分110aと近位ハウジング部分110bとの間に配置され、それらの間の回転摩擦を低減することが想定される。

20

【0020】

図6に示される実施形態を続けて参照し、複数の移動止め231が、遠位ハウジング部分110aの表面233の周りに配置される。タブ237が近位ハウジング部分110b上に配置されて示され、このタブ237は、つめまたはスプリング付勢部材を備え得る。開示される実施形態では、タブ237は遠位方向に付勢され、そして複数の移動止め231の少なくとも1つと機械的に協働する。移動止め231とタブ237の組み合わせは、近位ハウジング部分110bに対する回転位置にある遠位ハウジング部分110aを支援して固定する。さらに、移動止め231およびタブ237は、内視鏡部分140が回転されるとき、ユーザーに、可聴および／または触覚フィードバックを与えるために提供され得る。開示される実施形態では、3つの位置のソレノイドが、一旦、所望の回転位置が選択されると、端部エフェクター160の回転位置をロックするために用いられ得る。

30

【0021】

図7では、位置ロック216がスロット214bと整列されるその第2の位置にある駆動ギア200が示される。ここで、駆動ギア200は、ハウジング110内に少なくとも部分的に配置されている関節運動ギア240と嵌合して係合される。関節運動ギア240の回転は、端部エフェクター160を、長手方向軸B-Bが長手方向軸A-Aと実質的に整列されるその第1の位置から、長手方向軸B-Bが長手方向軸A-Aに対して角度をなして配置される位置に向かって移動させる。好ましくは、複数の関節運動された位置が達成される。

40

【0022】

示される実施形態では、そして特に図7および8を参照して、端部エフェクター160の関節運動は、関節運動ギア240、関節運動ねじ242、関節運動リンクージ244、および少なくとも1つの関節運動ロッド260により行われる。より詳細には、関節運動ギア240は、関節運動ギア240がその第2の位置にある間に駆動ギア200の回転によって回転されるとき、関節運動ギア242がまた回転するように、関節運動ねじ242に堅く取り付けられる。複数のベアリング262が、関節運動ねじ242上の種々の位置で示され、関節運動ねじ駆動242の保持および整列、ならびに、例えば、関節運動ねじ242とハウジング110との間の摩擦の低減を容易にする。

【0023】

図7を続いて参照し、関節運動ねじ242は、関節運動リンクージ244の内部にねじ

50

のある部分 248 を通って延びるねじのある部分 246 を含む。関節運動ねじ 242 と関節運動リンクエージ 244 との間のこの関係は、関節運動リンクエージ 244 を、関節運動ねじ 242 の回転に際し、関節運動ねじ 242 のねじのある部分 246 に沿って遠位方向および / または近位方向（矢印 D および E の方向に）移動させる。例えば、関節運動ねじ 242 が第 1 の方向（例えば、時計方向）に回転するとき、関節運動リンクエージ 244 は近位方向に移動し、そして関節運動ねじ 242 が第 2 の方向（例えば、反時計方向）に回転するとき、関節運動リンクエージ 244 は遠位方向に移動する。

【0024】

少なくとも 1 つの関節運動アーム 250 が、関節運動リンクエージ 244 から延びて示される。実施形態では、関節運動アーム 250 は、関節運動ロッド 260 に堅く連結され、そして 1 つ以上の関節運動アーム 250 が、1 つ以上の関節運動ロッド 260 に連結可能であることが想定される。関節運動リンクエージ 244 が、関節運動ギア 240 の回転に応答して遠位方向および / または近位方向に並進されるとき、関節運動ロッド（単数または複数）260 はまた、それに応答して遠位方向および / または近位方向に（長手方向軸 A - A に沿って矢印 F および G の方向に）並進される。リミットスイッチ、近接度センサー（例えば、光学的および / または強磁性）、線形可変変位トランスデューサーおよびシャフトエンコーダー（例えば、ハウジング 110 内に配置される）の任意の組み合わせが、（図 9 および 11 を参照して以下で論議されるように）関節運動リンクエージ 244 および / または端部エフェクター 160 の関節運動角度および / または発射ロッド 306 の位置を制御および / または記録するために利用され得る。

10

20

30

【0025】

図 8A および 8B を参照して、内視鏡部分 140 の少なくとも一部を通って延び、そしてリンクエジロッド 264 と機械的に協働する関節運動ロッド 260 が示される。従って、リンクエジロッド 264 は、同様に、関節運動ギア 240 の回転に際し、長手方向軸 A - A に沿って移動する。リンクエジロッド 264 の遠位部分 266 は、リンクエジロッド 264 の近位方向および遠位方向の移動が、端部エフェクター 160 を旋回点 P の周りでその第 1 の位置からその第 2 の位置まで移動させるように、端部エフェクター 160 と機械的に協働する。例えば、リンクエジロッド 264 は、旋回点 P の側方にずれた位置で端部エフェクター 160 に連結される。より詳細には、そして例示の目的で、リンクエジロッド 264 が遠位方向に移動するとき、端部エフェクター 160 は矢印 H の方向に関節運動され、そしてリンクエジロッド 264 が近位方向に並進されるとき、端部エフェクター 160 は矢印 I の方向に関節運動される。関節運動ロッド 260 の一部分は、端部エフェクター 160 と機械的に協働しその関節運動を行うことがまた想定される。端部エフェクター 160 に関節運動を提供するさらなる詳細は、本出願人が所有する、M i l l i m a n らによる米国特許第 6,953,139 号に詳細に記載され、その内容は、それらの全体が参考として本明細書によって援用される。

40

【0026】

本開示の実施形態によれば、端部エフェクター 160 は、カートリッジアセンブリ（例えば、頸部材 164）、および外科用ファスナーを身体組織中に展開し、そして外科用ファスナーを形成するためのアンビル部分を含むアンビルアセンブリ（例えば、頸部材 162）を含む。端部エフェクター 160 は、内視鏡部分 140 の長手方向軸に実質的に垂直である軸の周りで旋回可能に取り付けられる。カートリッジアセンブリ 164 は、複数のステープルを収容する。アンビルアセンブリ 162 は、カートリッジアセンブリ 164 に対し、カートリッジアセンブリ 164 から間隔をおいた開放位置と、カートリッジアセンブリ 164 と並列された配列にある接近位置またはクランプ留め位置との間で移動可能である。好ましくは、ステープルは、カートリッジアセンブリ 164 内に収容され、身体組織にステープルの直線状の列を付与する。端部エフェクター 160 は、本体部分に旋回可能に付着される実装部分に取り付けられる。この本体部分は、動力付き外科用器具 100 の内視鏡部分 140 と一体であり得るか、またはそれに離脱可能に取り付けられ、置換可能または使い捨て可能な装填ユニットを提供する。この装填ユニットは、差し込み連結に

50

より内視鏡部分 140 に連結可能であり得る。この装填ユニットは、この装填ユニットの実装部分に連結される関節運動リンクを有し、そしてこの関節運動リンクは、リンクエージロッドが長手方向軸に沿って遠位 - 近位方向に並進されるとき端部エフェクター 160 が関節運動するように、上記リンクエージロッドに連結されることが想定される。関節運動を可能にするための端部エフェクター 160 を内視鏡部分 140 に連結するその他の手段が用いられ得る。例えば、可撓性チューブまたは複数の旋回可能な部材が用いられ得る。

【0027】

装填ユニットは、血管封止デバイス、直線状ステープル留めデバイス、円形ステープル留めデバイス、カッターなどのような種々の端部エフェクターを取り込み（または取り込む形態であり）得る。このような端部エフェクターは、動力付き外科用器具 100 の内視鏡部分 140 に連結され得る。中間可撓性シャフト 500 が、ハンドル部分 112 と装填ユニットとの間に含まれ得る。例えば、図 15A～15B に示されるように、内視鏡部分 140 および遠位部分 142 は、可撓性シャフト 500 として示される。可撓性シャフト 500 は、複数の相互連結され、角度をなす外側チューブ 501 および 502 を含む。図 15A は、非関節運動構成にある可撓性シャフトを示し、そして図 15B は、関節運動した構成にある可撓性シャフト 500 を示す。可撓性シャフト 500 が真っ直ぐであるとき、図 15A に示されるように、チューブの狭いセクション 501 は、チューブの広いセクション 502 と交互する。可撓性シャフト 500 が完全に関節運動されるとき、チューブの短い側部 501 および広い側部 502 は、図 15B に示されるように配列される。このような可撓性シャフト 500 は、身体の特定領域中への接近を容易にし得る。

10

20

30

40

【0028】

さらに、種々の装填ユニットが用いられ得る場合、デジタルコントロールモジュール（DCM）130（図 4）が、ロッド 306 が、使用においてその時に装填ユニット上にある特定の端部エフェクターを駆動し得るように、ロッド 306 に付与される力を制御し得る。明りょうさのために、DCM 130 を動力付き外科用器具 100 の種々の構成要素に連結するワイヤは、図には示されていないが、このようなワイヤは、本開示によって企図される。装填ユニットはまた、どの端部エフェクターが装填ユニット上にあるかを DCM 130 に示す機械的または電子的なセンサーを含み得る。実施形態では、DCM 130 はまた、ロッド 306 に付与される力に関する情報を記憶し得る。さらに、駆動モーター 210 からの電圧および電流が、動力付き外科用器具 100 の状態に関する情報および / またはフィードバックを提供するために測定され得る。例えば、ユーザーが厚すぎる組織に対しクランプ留めを試みている場合、この電圧および / または電流は増加する。この情報は、ユーザーに提供され得、そして / またはこの電力は中断または中止され得る。このような特徴は、この器具にある機構への損傷を防ぐことを支援することが想定される。

【0029】

図 9～11 および 14 を参照して、駆動ギア 200 は、位置ロック 216 がスロット 214c と整列されて第 3 の位置に示される。ここで、駆動ギア 200 は、少なくとも一部がハウジング 110 内に配置されている作動ギア 300 と嵌合して係合される。より詳細には、駆動ギア 200 の面 204（図 4）上に配置された 1 セットの歯 202 が、作動ギア 300 上の歯と嵌合して係合し、組織を把持すること、組織をクランプ留めすること、および端部エフェクター 160 を発射しそして構成要素をそれらの当初の位置に退却すること（例えば、ステープル留めおよび切断）の少なくとも 1 つを提供する。

【0030】

図 9 および 11 を続けて参照し、駆動チューブ 302、栓 304 および発射ロッド 306 がまた含まれる。駆動チューブ 302 は、その長さの少なくとも一部に沿って内部ねじ（明りょうには示されていない）を含み、そして作動ギア 300 に堅く取り付けられる。栓 304 は、駆動チューブ 302 の内部ねじとねじにより係合し、そして駆動チューブ 302 内で作動ギア 300 に対して並進可能である。図 9 は、その最も近位位置の近傍にある栓 304 を示し、そして図 11 は、その最も遠位位置の近傍にある栓 304 を示す。発射ロッド 306 は栓 304 に堅く連結され、そしてそれから遠位方向に延びる。本開示の

50

実施形態では、発射ロッド 306 は、少なくとも、内視鏡部分 140 の遠位部分 142 まで延びる。

【0031】

駆動ギア 200 の回転に応答して、作動ギア 300 および駆動チューブ 302 もまた回転する。駆動チューブ 302 が回転するとき、栓 304 および発射ロッド 306 は、駆動チューブ 302 の領域内で近位方向および／または遠位方向に並進される。発射ロッド 306 の遠位並進（例えば、駆動ギア 200 の時計方向回転と対応する）は、端部エフェクター 160 の頸部材 162、164（図 1 を参照のこと）がそれらの間に保持された組織を把持またはクランプ留めするようにする。発射ロッド 306 のさらなる遠位並進は、外科用ファスナーが端部エフェクター 160 から射出されるようにし得（例えば、カムバーおよび／または作動スレッドを経由して（この実施形態ではいずれも明りょうには示されていない）、組織を固定し、そしてまた、ナイフ（この実施形態では明りょうには示されていない）が組織を切断するようにし得る。発射ロッド 306 の近位並進（例えば、駆動ギア 200 の半時計回り回転に対応する）は、頸部材 162、164 および／またはナイフがそれらの発射前位置に戻るようし得る。発射およびそうでなければ端部エフェクター 160 を作動するさらなる詳細は、本出願人が所有する、M i l l i m a n による米国特許番号第 6,953,139 号に詳細に記載され、その全体の内容は、本明細書によって、参考として本明細書中に援用される。

10

【0032】

本開示の実施形態では、端部エフェクター 160 のアンビル部分は、端部エフェクター 160 の駆動アセンブリによって係合されるためのカム面を含む。この駆動アセンブリは、望ましくは組織を切断するためのナイフを有する駆動ビームを含む。この駆動ビームは、上記カム面を係合するために位置決めされるカムローラー、およびこの駆動ビームが遠位方向に進行されるとき、アンビルアセンブリ 162 とカートリッジアセンブリ 164 との互いに対する接近を行うようにカートリッジアセンブリと係合するよう位置決めされるフランジを有する。さらに、遠位方向にされに進行されるとき、この駆動ビームは、上記 M i l l i m a n の '139 特許に開示されるように、カートリッジアセンブリから外科用ファスナーを展開するために作動部材を係合する。

20

【0033】

任意の組み合わせのセンサーが、動力付き外科用器具 100 内に位置決めされ得、種々の構成要素の位置、および／またはその作動ステージ、例えば、関節運動、回転、クランプ留め、端部エフェクター 160 の発射を決定する。例えば、リミットスイッチ、近接度センサー（例えば、線形および／または強磁性）、ポテンショメーター、線形可変変位トランスデューサー（L V D T）、シャフトエンコーダーなどが、上記で論議されたように、関節運動リンクエージ 244、発射ロッド 306 および／またはリングギア 230 の位置を制御および／または記録することを支援するために用いられ得る。

30

【0034】

ここで、図 9、11 および 12 を参照して、内視鏡部分 140 は、端部エフェクター 160 に向かってハウジング 110 に隣接する領域から延びるチューブハウジング 144 を含む。駆動チューブ 302 が回転するとき、端部エフェクター 160 はその直接結果としては回転しない。図 13 を参照して、チューブハウジング 144 はその上に、発射ロッド 306 の平坦部分 310 と対応する平坦部分 148 を含む。平坦部分 148 および 310 の対は、発射ロッド 306 を軸方向移動に対し制限するよう支援することにより、発射ロッド 306 の回転を防ぐことを支援する。

40

【0035】

図 9 を参照して、駆動モーターシャフト 218 が、駆動モーター 210 から延び、そして駆動ギア 200 に連結されて示される。ファスナー（この実施形態では明りょうには示されてはいない）が、駆動モーターシャフト 218 上に駆動ギア 200 を保持するため用いられ得る。駆動モーターシャフト 218 は駆動モーター 210 によって回転され、それ故、駆動ギア 200 の回転を生じる。駆動モーターシャフト 218 は、平坦部分 219

50

を有して示され（1つ以上の平坦部分219が含まれ得る）、これは、駆動ギア200と駆動モーターシャフト218との間の「遊び」または「回転浮遊」を可能にし、歯の整列を容易にし、そして駆動ギア200が位置間をシフトすることを支援して可能にする。図9はまた、ハウジング110内に配置され、そして駆動チューブ302を少なくとも部分的に取り囲むペアリング308を示す。ペアリング308は、駆動チューブ302の回転を容易にし、そして内視鏡部分140を通る駆動チューブ302を支援して整列させ、そして駆動ギア200と作動ギア300との間のすべてのスラスト負荷を支える。

【0036】

図10では、トランスデューサー420が、駆動モーター210およびシフトモーター220に隣接して示される。トランスデューサー420（例えば、力または圧力トランスデューサー）は、作動ギア300に対する所望の圧力のために必要な力を測定および／または制御し得る。トランスデューサー420は、ユーザーにフィードバックを提供し得るユーザーインターフェース120の部分と連絡し得る。さらに、スプリングカップリング430が、駆動モーター210とシフトモーター220との間に示される。詳細には、開示される実施形態では、スプリングカップリング430は、入れ子式ケージ434中に取り付けられたスプリング432を含む。シフトねじ222が、スプリング432を通って延びて示され、そしてスプリング432に対して圧縮負荷を付与するような形態であり得る。ケージ434が圧縮されるとき、折り畳み可能であることが想定される。駆動モーター210に付与される力は、スプリング432および／またはケージ434を用いて調節され得る。

10

20

30

40

【0037】

本開示の実施形態では、駆動ギア200および作動ギア300はクラッチ面を形成する。ギアの歯は、シフトモーター220によって駆動モーター210に、そしてそれらの間のスプリングカップリング430によって（図10と組み合わせて以下に論議されるように）閾値力が付与されなければスリップするように構成される。さらに、シフトモーター200およびスプリングカップリング430が、駆動ギア200および作動ギア300がスリップすることなく係合するために必要な閾値力を付与するとき、ロッド306は遠位方向に駆動される。入れ子式ケージ434は、ケージ434が、スプリングカップリング430の圧縮を減らすのではなくロッド306を退却させるように、ケージと一緒になったトップを含み得る。

【0038】

図3を参照して、ユーザーインターフェース120は、スクリーン122および7つのスイッチ124a～124gを含んで示される。示される実施形態では、ユーザーインターフェースは、「モード」（例えば、回転、関節運動または作動）を表示し、これは、ステープルが発射されたか否かのような「状況」（例えば、関節運動の角度、回転の速度、または作動のタイプ）および「フィードバック」をシフトセンサー224（図4）を経由してユーザーインターフェース120に通信し得る。スイッチ124aは、モードを表す「M」を有して示され、これは、回転、関節運動、把持、クランプ留めおよび発射の間の選択のためにシフトモーター220を経由して駆動ギア200を位置決めするために用いられ得る。スイッチ124aはまた、ユーザーが、異なる組織タイプ、およびステープルカートリッジの種々のサイズおよび長さを入力するようにするために用いられ得ることが想定される。

50

【0039】

ユーザーインターフェース120上のスイッチ124b～124eは、その上の矢印とともに示され、そして駆動ギア200が駆動モーター210により回転される方向、速度および／またはトルクを選択するために用いられ得る。少なくとも1つのスイッチ124が、例えば、種々の設定を無視する緊急モードを選択するために用いられ得ることもまた想定される。さらに、スイッチ124fおよび124gは、その上に「N」と「Y」を有して示される。スイッチ124fおよび124gは、ユーザーが、動力付き外科用器具100の種々のセッティングを操縦および選択することを支援するために用いられ得る

50

ことが想定される。スイッチ 124a～124g 上の印およびそれらの個々の機能は、添付の図に示されているものによって制限されない。なぜなら、それからの派生が企図され、本開示の範囲内であるからである。さらに、そして図 1 および 2 を参照して、ボタン 114a および 114b が、駆動モーター 210 および / またはシフトモーター 220 の動きをスタートおよび / またはストップするために用いられ得る。ボタン 114a および 114b のその他の機能、およびより多くもしくはより少ないボタン 114 がまた、予期される。特定の実施形態では、スイッチ 124a～124g は、例えば、1 つ以上のマイクロエレクトロニクスメンブレンスイッチを含み得る。このようなマイクロエレクトロニクスメンブレンスイッチは、比較的低い作動力、小パッケージサイズ、人間工学的のサイズおよび形状、低プロフィール、スイッチ上に成形された文字を含める能力、シンボル、描写および / または印、ならびに低材料コストを含む。さらに、スイッチ 124a～124g (マイクロエレクトロニクスメンブレンスイッチのような) は、シールされて動力付き外科用器具 100 の滅菌を支援して容易にし、そして粒子および / または流体汚染を防ぐことを支援する。

10

【0040】

スイッチ 124 またはボタン 114 の代替として、またはそれに加え、その他の入力デバイスは、音声入力技術を含み得、これは、デジタル制御モジュール (DCM) 130 (図 4) 中に取り込まれるハードウェアおよび / またはソフトウェア、または DCM 130 に連結される別個のデジタルモジュールを含み得る。この音声入力技術は、音声認識、音声起動、音声調整および / または内臓スピーチを含み得る。ユーザーは、音声指令により、器具の作動の全部または一部を制御し得、それ故、ユーザーの手の一方または両方を、他の器具を操作するために自由にする。音声またはその他の可聴出力もまた、ユーザーにフィードバックを提供するために用いられ得る。

20

【0041】

実施形態では、スプリングカップリング 430 が、動力付き外科用器具 100 のフィードバックおよび制御で用いられる。上記に記載されるように、DCM 130 は、1 つ以上のボタン 114 またはスイッチ 124、および 1 つ以上のディスプレイスクリーン 122 に連結され得、動力付き外科用器具 100 の操作を制御することを支援するためにユーザーにフィードバックを提供する。DCM 130 は、動力付き外科用器具 100 のハウジング 110 中に取り込まれるデジタルボードであり得る。スプリングカップリング 430 は、ロッド 306 に付与される力を制御するために、DCM 130 と相互作用し得る圧力トランスデューサーを含み得る。

30

【0042】

ユーザーインターフェース 120 は、表示された項目間のさらなる鑑別のためのスクリーン 122 上および / またはスイッチ 124a～124g 上の異なる色および / または文字の強度を含む。ユーザーフィードバックはまた、例えば、光のパルス化されたパターン、音響フィードバック (例えば、選択された時間間隔で鳴るブザー、ベルまたは音)、言葉のフィードバック、および / または触覚振動フィードバック (非同期モーターまたはソレノイド) の形態で含まれ得る。視覚、聴覚または触覚フィードバックは、強度が増大または低減され得る。例えば、このフィードバックの強度は、器具に対する力が過度になっていることを示すために用いられ得る。さらに、スイッチ 124a～124g は、互いから異なる高さで配置され得るか、そして / または隆起した印または他の感触特徴 (例えば、凹面または凸面) を含み得、ユーザーがユーザーインターフェース 120 を見る必要性なくして適切なスイッチ 124 を押すことを可能にする。さらに、近位ハウジング部分 110b は、ジョイスティックタイプ制御システムとして用いられ得る。

40

【0043】

さらに、ユーザーインターフェース 120 は、別個のディスプレイスクリーン 122 (単数または複数) および (スイッチ 124 またはボタン 114 のような) 入力デバイスを含み得るか、または入力デバイスは、スクリーン 122 中に全部または一部が取り込まれ得る。例えば、タッチスクリーン液晶ディスプレイ (LCD) が、ユーザーが作動フィー

50

ドバックを見ながら入力を提供することを可能にするために用いられ得る。このタッチスクリーン L C D は、抵抗、容量または表面音響波制御を含み得る。このアプローチは、シリングスクリーン 122 構成要素の簡便化を可能にし得、動力付き外科用器具 100 の滅菌を支援し、そして粒子および / または流体汚染を防ぐ。特定の実施形態では、スクリーン 122 は、使用または調製の間にスクリーン 122 を見る際の柔軟性のために、動力付き外科用器具 100 に旋回可能または回転可能に取り付けられる。スクリーン 122 は、動力付き外科用器具 100 に、例えば、ヒンジ取り付けされ得るか、またはボール - および - ソケット取り付けされ得る。

【 0044】

開示される実施形態では、動力付き外科用器具 100 中の種々のセンサーによってモニターされる情報の少なくともいくつかが、操作ルーム中のビデオスクリーンまたはモニタリングシステムに提供され得る。例えば、これらデータは、Blue Tooth、ANT3、KNX、Z Wave、X10、ワイヤレスUSB、Wi-Fi、IrDa、Nanonet、TinyOS、ZigBee、radio、UHF および VHF を含む技術を経由して、動力付き外科用器具 100 に取り込まれるか、またはそれに付随する通信送信機から操作ルームモニタリングシステムのための受信機に送信され得る。このような特徴は、動力付き外科用器具 100 のユーザーまたはその他の操作ルームまたは病院の人員または遠隔に位置する人によるモニタリングを容易にし得る。

【 0045】

図 4 を参照して、バッテリーパック 400、燃料電池および / または高エネルギー キャパシターの任意の組み合わせが、動力付き外科用器具 100 に電力を提供するために用いられ得る。例えば、キャパシターが電池パック 400 と組み合わせて用いられ得る。ここで、キャパシターは、エネルギーがそれ自体に電池で提供され得るより迅速に所望 / 要求されるとき（例えば、厚い組織をクランプ留めし、迅速発射し、クランプ留めするときなど）、電力を一挙に放出するために用いられ得る。なぜなら、電池は、代表的には、それから電流が迅速に取り出されないゆっくり流出するデバイスであるからである。電池は、キャパシターを充電するためにキャパシターに連結され得ることが想定される。

【 0046】

電池パック 400 が少なくとも 1 つの使い捨て可能な電池を含むことがまた想定される。この使い捨て可能な電池は、約 9V と約 30V との間であり得、そして使い捨て可能な外科用器具で有用であり得る。その他の電力供給手段がまた、電源を含んで企図される。代替の実施形態では、コードが提供されて器具 100 が発電機に連結される。

【 0047】

開示される実施形態では、上記 DCM は、シフトモーター 220 および駆動モーター 210 に連結され、そして電池 400 のインピーダンス、電圧、温度および / または電流ドロー (draw) をモニターするような形態および構成であり、そして動力付き外科用器具 100 の作動を制御する。動力付き外科用器具 100 の電池 400、トランスミッション、モーター 220、210 および駆動構成要素に対する負荷（単数または複数）は、これら負荷（単数または複数）が損傷する限度に到達または近づく場合、モーター速度を制御するように決定される。例えば、電池 400 に残るエネルギー、残りの発射の数、電池 400 が置換または充電されなければならないか否か、および / または動力付き外科用器具 100 の可能な負荷限界に接近していることが決定され得る。

【 0048】

上記 DCM は、モニターされた情報に応答するために、シフトモーター 220 および / または駆動モーター 210 の作動を支援して制御するような形態および構成であり得る。電子クラッチを含み得るパルス調節が、出力を制御することで用いられ得る。例えば、上記 DCM は、電圧を調節し得るか、または電圧をパルス変調し、電力および / またはトルク出力を調節し、システム損傷を防ぐか、またはエネルギー使用量を最適化する。電気ブレーキ回路が、駆動モーター 210 および / またはシフトモーター 220 を制御するために用いられ得、これは、回転する駆動モーター 210 の逆起電力 (EMF) を用い、駆動

10

20

30

40

50

ギア 200 の運動量を妨げ、そして実質的に低減する。この電気ブレーキ回路は、動力付き外科用器具 100 の停止正確性および／またはシフト位置に対する駆動モーター 210 および／またはシフトモーター 220 の制御を改善し得る。動力付き外科用器具 100 の構成要素をモニターするため、そして動力付き外科用器具 100 の過剰負荷を防ぐことを支援するためのセンサーは、熱センサー、サーミスタ、熱電対列、熱電対および／または熱赤外イメージングのような熱タイプセンサーを含み得、そして上記 DCM にフィードバックを提供する。この DCM は、限界に到達または近づくとき、動力付き外科用器具 100 の構成要素を制御し得、そしてそのような制御は、電池パック 400 から電力を切断すること、この電力を一時的に中断することまたは停止モードに入ること、用いられるエネルギーを制限するためのパルス変調を含み得、そしてこの DCM は、作動が再開され得るときを決定するために、構成要素の温度をモニターし得る。DCM の上記の使用は、電流、電圧、温度および／またはインピーダンス測定を個々に用いて、またはこれらを組み込んで用いられ得る。

10

【0049】

図 5 に示される実施形態では、シフトモーター 220 は、2つの部分のハウジング 226 を含んで示される。2つの部分のハウジング 226 の各パート 226a および 226b は、互いとスライド可能に係合される。パート 226a は駆動モーターケーシング 212 に堅く固定され、その一方、パート 226b はシフトモーター 220 に固定され、そしてハウジング部分 110 内で並進可能であることが想定される。さらに、配線スロット 228 が含められ得、配線（この実施形態では明りように示されていない）が、例えば（図 10 をまた参照のこと）、ユーザーインターフェース 120 に向かってトランステューサー 420 から通過することを可能にする。

20

【0050】

図 14 を参照して、動力付き外科用器具 100 は、ピストルグリップハンドル部分 112 を有して示される。ここで、ハンドル部分 112 は、長手方向軸 A-A から角度をなして（例えば、実質的に 90°）配置される。この実施形態では、少なくとも 1 つのボタン 114 がその上に配置されることが想定される。さらに、ユーザーインターフェース 120 が、ほぼ図 14 に示される位置に位置決めされる。さらに、移動可能なハンドル（この実施形態では明りように示されていない）が、動力付き外科用器具 100 の種々の機能を制御するために採用され得る。

30

【0051】

端部エフェクター 160 は再使用可能であり、ステープルカートリッジを受容し得、そして／または使い捨て装填ユニットの一部であることが想定される。使い捨て装填ユニットのさらなる詳細は、本出願人が所有する、Bolano による米国特許番号第 5,752,644 号に詳細に記載され、その全体の内容は、本明細書によって参考として本明細書中に援用される。使い捨て可能および／または置換可能な装填ユニットは、先に参考として援用された Milliman による米国特許第 6,953,139 号に記載されるように、関節運動しない端部エフェクターを含み得る。スイッチが、ハンドル部分 112 に隣接して提供され得、シフトモーター 220 の第 2 の位置を電気的に作動停止させる。機械的手段のようなその他の手段もまた、用いられ得る。

40

【0052】

本開示の特定の実施形態では、外科用端部エフェクター 160 を取り込む使い捨て可能な装填ユニットは、この装填ユニット内に位置決めされたセンサーを含み、種々の構成要素の位置、および／または端部エフェクター 160 の関節運動、回転、クランプ留めおよび発射のような、端部エフェクター 160 の作動を決定する。例えば、電気的接点、近接センサー、光学的センサー、光ダイオード、および／または機械的もしくは金属センサーが、端部エフェクター 160 に関する情報を制御および／または記録するために用いられ得る。アンビルアセンブリ 162 およびカーリッジアセンブリ 164 の互いに対する位置、端部エフェクター 160 の関節運動または非関節運動位置、端部エフェクター 160 の回転、および／または装填ユニット、ステープルカートリッジおよび／ま

50

たはステープルカートリッジの構成要素の正確な装填もまた、決定され得る。

【0053】

識別システムがまた含められ得、特定の端部エフェクター160を作動するための速度、電力、トルク、クランプ留め、移動長さおよび強度限度を含む種々の情報を決定し、そしてDCMに通信するために含められ得る。このDCMはまた、作動モードを決定し得、そして上記構成要素の移動のために、電圧、クラッチスプリング負荷および停止点を調節する。より詳細には、この識別システムは、DCM、またはその中のレシーバーと通信する（例えば、ワイヤレスにより、赤外線信号を経由してなど）端部エフェクター160中の構成要素（例えば、マイクロチップ、エミッタまたはトランジスタ）を含み得る。信号が、発射ロッド306を経由して送信され、発射ロッド306がDCMと端部エフェクター160との間の通信のための導管として機能する。

10

【0054】

本開示による特定の実施形態では、装填ユニットは、発射ロッド306と協働する軸方向駆動アセンブリを含み、端部エフェクター160のアンビルアセンブリ162とカーリッジアセンブリ164を接近させ、そしてステープルカートリッジからステープルを発射する。軸方向駆動アセンブリは、その開示が本明細書によって本明細書中に参考として援用されるMilleimanらによる米国特許第6,953,139号の特定の実施形態に開示されるように、ステープルカートリッジを通って遠位方向に進み、そしてステープルが発射した後に退却され得るビームを含み得る。例の目的で、上記で論議されるセンサーは、ステープルがステープルカートリッジから発射されたか否か、それらが完全に発射されたか否か、ビームがステープルカートリッジを通って近位方向に退却されたか否か、そしてその退却の程度、および装填ユニットの作動に関するその他の情報を決定するために用いられ得る。本開示の特定の実施形態では、装填ユニットは、装填ユニットのタイプ、および／または器具100上に装填されるステープルカートリッジを識別する構成要素を取り込み得、赤外線、セルラー方式、または高周波の識別チップ（例えば、センサーマチックまたは類似の技術）を含む。装填ユニットおよび／またはステープルカートリッジのタイプは、DCM内の付随する受信機、またはフィードバック、制御および／または在庫分析を提供するための操作ルーム中の外部デバイスによって受容され得る。電力または電池パック400は、動力付き外科用器具100とともに装填される電力パック400のタイプを識別するため、または電池パック400の状況に関するフィードバックを送るための構成要素を取り込み得る。

20

【0055】

本開示の特定の実施形態では、動力付き外科用器具100は、外科用端部エフェクター160を取り込む使い捨て可能または置換可能な装填ユニット、およびハウジング110およびこの装填ユニットに離脱可能に取り付けられる内視鏡部分140を含む再使用可能な部分を含む。この再使用可能な部分は、引き続く外科的手順における滅菌および再使用のための形態であり得る。実施形態では、ハウジング110の構成要素は、粒子および／または流体汚染の侵入に対してシールされ、そして滅菌プロセスによる構成要素の損傷を防ぐことを支援する。本開示による特定の実施形態では、電力パック400は、再充電可能な電池を備える。この再充電可能な電池は、例えば、この器具100のハウジング110で接近可能な接点に連結され得るか、または再充電可能な電池は、ハウジング110内でシールされた誘導充電インターフェースを通じて再充電可能であり得る。この誘導充電インターフェースは、接点の短絡をなくし得、そして密封、または防水シールされ得る内部電池を提供する。

30

【0056】

本開示はまた、外科用ファスナーを組織に付与する方法に関する。この方法は、上に記載のような、動力付き外科用器具100の使用を含む。

40

【0057】

ここで、図16～19を参照して、本開示のその他の実施形態による動力付き外科用器具、例えば、外科用ステープラーは、参照番号1000として言及される。動力付き外科

50

用器具 1000 は、ハウジング 1100、それを通って延びる第 1 の長手方向軸 D-D を規定する内視鏡部分 1400、それを通って延びる第 2 の長手方向軸 E-E を規定するシャフト部分 1500 および端部エフェクター 1600 を含む。動力付き外科用器具 1000 のさらなる詳細は、その全体の内容が本明細書によって本明細書中に援用される米国特許出願番号第 11/786,933 号 (H-US-00977; 203-5562) に含まれる。図 16~19 に示される実施形態の特徴は、外科用器具 1000 の特定のタイプと組み合わせて示されるが、図 16~19 に関して記載される特徴は、図 1~15 の動力付き外科用器具 1000 のような、その他の外科用器具とともに作動可能であることが想定される。

【0058】

図 16 を続いて参照し、内視鏡部分 1400 はハウジング 1100 から遠位方向に延び、シャフト部分 1500 は内視鏡部分 1400 の遠位端 1402 に選択的に連結可能であり、そして端部エフェクター 1600 はシャフト部分 1500 の遠位端 1502 に選択的に連結可能である。図 16~18 に示されるように、複数の異なるシャフト部分 1500 が外科用器具 1000 とともに用いられ得、そして複数の異なる端部エフェクター 1600 がまた、外科用器具 1000 とともに用いられ得る。

【0059】

より詳細には、複数の異なるシャフト部分 1500 は、例えば、特定の目的のために内視鏡部分 1400 に離脱可能に連結可能であり得る。シャフト部分 1500 の少なくとも一部が関節運動可能であるか (図 17A)、曲がるか (図 17B) または適切な伸展性材料から作製され得る (例えば、図 17C に示されるような) ことが想定される。

10

20

30

40

50

【0060】

図 16~18 に示されるように、複数の異なるクラスの端部エフェクター 1600 が外科用器具 1000 のシャフト部分 1500 に離脱可能に連結可能であり得る。シャフト部分 1500 の遠位端 1502 に選択的に連結可能である端部エフェクター 1600 のクラスは、旋回可能なカートリッジアセンブリ (図 16 および 19)、実質的に円形のカートリッジアセンブリ (図 17A、17B および 17C)、および平行な頸部材 (図 18) を有するものを含むことが想定される。端部エフェクター 1600 の各クラスの異なるサブクラスがシャフト部分 1500 に連結可能であることがさらに想定され得る。

【0061】

例えば、端部エフェクター 1600 のクラス内には、実質的に円形のカートリッジアセンブリ、胃腸吻合タイプのデバイス、横断吻合タイプのデバイス (例えば、米国特許番号第 4,383,634 号、同第 5,782,396 号、同第 5,865,361 号および同第 5,318,221 号を参照のこと) および円形吻合タイプデバイス (例えば、米国特許番号第 4,304,236 号を参照のこと) が含まれる。胃腸吻合タイプのデバイスは、順次的に一列に整列されたステープルを迅速に順に駆動および曲げるような形態であり、その一方、横断吻合タイプのデバイスは、すべてのステープルを同時に駆動および曲げる。円形吻合タイプのデバイスは、組織にステープルの環状の列を同時に付与するような形態である。

【0062】

さらに、旋回可能なカートリッジアセンブリを有する端部エフェクター 1600 のクラス内で、サブクラスは、ステープルを順次的に駆動するような形態の端部エフェクター 1600、およびステープルを同時に駆動するような形態の端部エフェクター 1600 を含み得る。

【0063】

従って、特定のシャフト部分 1500 は、実質的に円形のカートリッジアセンブリを含む端部エフェクター 1600 のような端部エフェクター 1600 の特定のクラスとの使用のための形態であり得ることが想定される。このような実施形態では、別のシャフト部分 1500 が、旋回可能なカートリッジアセンブリを含む端部エフェクター 1600、または実質的に平行なままで互いに接近する頸部材を有する端部エフェクター 1600 のよう

な、端部エフェクター 1600 の別の特定のクラスとの使用のための形態であり得る。

【0064】

特定のシャフト部分 1500 が、例えば、ステーブルの順次的発射のための形態の端部エフェクター 1600 (実質的に円形のカートリッジアセンブリを含む端部エフェクター 1600、旋回可能なカートリッジアセンブリを含む端部エフェクター 1600、または平行に接近する頸部材を有する端部エフェクター 1600 を含む) またはステーブルの順次的発射のための形態の端部エフェクター 1600 のような、特定タイプの端部エフェクター 1600 との使用のための形態であり得ることが想定される。

【0065】

さらに、特定のシャフト部分 1500 は、ステーブルの順次的発射のための形態および / またはステーブルの同時発射のための形態の、実質的に円形のカートリッジアセンブリ、旋回可能なカートリッジアセンブリ、平行に接近する頸部材を含むいくつかのタイプの端部エフェクター 1600 との使用のための形態であり得ることが想定される。ここで、医師は、例えば、関節運動可能であり、曲がり、または伸展性であるシャフト部分 1500 のようなその他の特徴を基に、特定のシャフト部分 1500 を選択し得る。

10

【0066】

少なくとも 1 つの電子構成要素 1700 がまた、外科用器具 1000 の一部分上に含まれられ得る。第 1 のセンサー 1700a が内視鏡部分 1400 上に含まれられ、第 2 のセンサー 1700b がシャフト部分 1500 上に含まれられ、そして第 3 のセンサー 1700c が端部エフェクター 1600 上に含まれられることが想定される。これらセンサー 1700 が種々の目的のために、ハウジング 1100 内、器具 1000 のいずれか、または器具 1000 とは別個のデバイス中の受信機 / コントローラーと協働することが想定される。例えば、第 1 のセンサー 1700a は、内視鏡部分 1400 と係合されるシャフト部分 1500 のタイプを検出するような形態であり得る。さらに、第 2 のセンサー 1700b は、シャフト部分 1500 と係合される端部エフェクター 1600 のタイプを検出するような形態であり得る。

20

【0067】

ハウジング 1100 上にユーザーインターフェース 1800 が含まれられることがさらに想定される。開示される実施形態では、ユーザーインターフェース 1800 は、外科用器具 1000 中のセンサー 1700 により検出される少なくともいくつかの情報 (例えば、内視鏡部分 1400 に連結されるシャフト部分 1500 のタイプ、シャフト部分 1500 に連結される端部エフェクター 1600 のタイプなど) を表示するスクリーンを含む。ユーザーインターフェース 1800 はまた、関節運動または回転の角度、ステーブルがそれから発射されたか否か、組織が頸部材間にあるか否かなどのよう、端部エフェクター 1600 の状態を表示し得る。この情報はまた、操作ルーム中のビデオスクリーンまたはモニタリングシステムに提供され得る。例えば、このデータは、Blue Tooth、ANT3、KNX、Z Wave、X10、ワイヤレスUSB、Wi-Fi、IrDA、Nanonet、TinyOS、ZigBee、radio、UHF および VHF を含む技術を経由して、動力付き外科用器具 100 に組み込まれるか、またはそれに付随する通信送信機から操作ルームモニタリングシステムのための受信機に送信され得る。

30

【0068】

本開示はまた、組織に外科用ファスナーを付与する方法に関する。この方法は、上記に記載のような動力付き外科用器具 100、1000 を提供する工程を含む。この方法はまた、シャフト部分 1500 を内視鏡部分 1400 の遠位端 1402 に連結すること、および端部エフェクター 1600 をシャフト部分 1500 に連結することを包含する。

40

【0069】

図 20 および 21 を参照して、本開示に従う外科用ステーブル留め器具 2000 が示される。図 20 は、ハンドルアセンブリ 2010、第 1 の内視鏡部分 2020a および第 1 の端部エフェクター 2030a を含む外科用ステーブル留め器具 2000 を示す。図 21 は、ハンドルアセンブリ 2010、第 2 の内視鏡部分 2020b および第 2 の端部エフェ

50

クター 2030b を含む外科用ステープル留め器具 2010 を示す。第 1 の内視鏡部分 2020a および第 2 の内視鏡部分 2020b の各々は、端部エフェクター 2030 の一部を係合するような形態の作動部材（例えば、上記で論議された、発射ロッド 306 の少なくとも一部）を含み、そしてハンドルアセンブリ 2010 の遠位部分 2012 に選択的に連結可能であり、そして長手方向軸 F-F を規定する。第 1 の端部エフェクター 2030a および第 2 の端部エフェクター 2030b の各々は、ステープル留め機能を実施するような形態であり、そして第 1 の内視鏡部分 2020a および第 2 の内視鏡部分 2020b の遠位部分 2022 にそれぞれ選択的に連結可能である。

【0070】

特に図 20 を参照して、ハンドルアセンブリ 2010、第 1 の内視鏡部分 2020a および第 1 の端部エフェクター 2030a が示される。ここで、ハンドルアセンブリ 2010 は、その遠位部分 2012 に隣接して配置された電気的接点（例えば、導電性リング 2014）を含む。導電性リング 2014 は、ハンドルアセンブリ 2010 内で、電源（ハンドルアセンブリ 2010 内、またはその外部のいずれか）および / またはマイクロコントローラーまで内部で配線される。導電性リング 2014 は、ハンドルアセンブリ 2010 から取り外し可能であることが想定される。

10

【0071】

図 20 および 21 を参照して、第 1 の内視鏡部分 2020a および第 2 の内視鏡部分 2020b の各々は、ハンドルアセンブリ 2010 の遠位部分 2012 に対して軸 F-F の周りで回転可能である。ノブ 2035 は、内視鏡部分 2020a、2020b と機械的に協働し、そのような回転を容易にするように示される。差し込みタイプのカップリング 2037（図 21）のような適切な回転構造を含めることは、回転を容易そして / または制御することを支援し得る。

20

【0072】

第 1 の内視鏡部分 2020a は、それと機械的に協働し配置される関節運動機構またはアクチュエーター 2040 を有して示される。上記で論議されたように、関節運動機構 2040 は、長手方向軸（この実施形態では「F-F」として示される）に対して端部エフェクター 2030 を旋回するような形態である。ここで、第 1 の内視鏡部分 2020a 上に作動可能に配置される関節運動ノブ 2042、および / または第 1 の内視鏡部分 2020a のハウジング 2046 内に配置されたモーター 2044 は、第 1 の内視鏡部分 2020a と係合する端部エフェクター 2030 を関節運動させるために用いられ得る。

30

【0073】

関節運動を提供するためにモーター 2044 が用いられる実施形態では、少なくとも 1 つの電気的接点 2050（一对の電気的接点 2050a および 2050b が示される）が、第 1 の内視鏡部分 2020a と作動可能に配置される。電気的接点 2050 は、第 1 の内視鏡部分 2020a のモーター 2044 と電気的に連絡し、そしてハンドルアセンブリ 2010 の導電性リング 2014 とモーター 2044 との間で電力を伝えるような形態である。ここで、モーター 2044 は、作動部材に作動可能に連結され、この作動部材を、実質的に長手方向軸 F-F に沿って移動させ、端部エフェクター 2030a を関節運動させる。モーター 2044 が、端部エフェクター 2030 の関節運動、内視鏡部分 2020 の回転、発射ロッド 306 の並進などのために役に立つ動力を提供、または提供することを支援することが想定される。

40

【0074】

図 20 に示されるように、導電性リング 2014 は、形状が実施的に円形であり、そしてハンドルアセンブリ 2010 の遠位部分 2012 の周りに配置される。認識され得るように、ハンドルアセンブリ 2010 の遠位部分 2012 の周りの導電性リング 2014 の形状および / または形態は、第 1 の内視鏡部分 2020a がハンドルアセンブリ 2010 に対して長手方向軸 F-F の周りで回転されているとき、導電性リング 2014 と電気的接点 2050 との間で実質的に連続した接触を支援して可能にする。従って、完全な 360° の回転が可能である。さらに、モーター 2044 と電気的接点 2050 との間の電力

50

の連絡は、ハンドルアセンブリ 2010 に対する第 1 の内視鏡部分 2020a の回転方向にもかかわらず可能である。さらに、機械的および / または電気的ストップが、内視鏡部分 2020a および / またはハンドルアセンブリ 2010 の遠位部分 2012 上に配置され得、第 1 の内視鏡部分 2020a の回転変位を制限する。

【0075】

図 20 および 21 には、2 つのタイプの端部エフェクター 2030 のみが示されているが、いくつのタイプの端部エフェクター 2030（例えば、実質的に円形のカートリッジアセンブリ（図 21）、旋回可能なカートリッジアセンブリ（図 20）、平行に接近する頸部材、ステープルの順次的発射のための形態および / またはステープルの同時発射のための形態を含む端部エフェクター）がステープル留めデバイス 2000 と組み合わせて用いられ得、そして異なるタイプの内視鏡部分 2020（例えば、モーター 2044 を有する第 1 の内視鏡部分 2020a と第 2 の内視鏡部分 2020b）と使用可能であり得る。

【0076】

種々の改変が、本明細書中に開示される実施形態になされ得ることが理解される。例えば、駆動モーター 210 および / または駆動ギア 200 のための長手方向軸に沿った位置は、示されるのとは異なり得る。駆動、回転、関節運動および / または作動のための異なるタイプのギアが用いられ得る。従って、上記の記載は、制限するものと解釈されるべきではなく、種々の実施形態の単なる例示として解釈されるべきである。当業者は、本明細書に添付された請求項の範囲および思想内でその他の改変を想定する。

【図面の簡単な説明】

【0077】

本明細書に開示される動力付き外科用器具の実施形態は、本明細書中に図面を参照して開示される。

【図 1】図 1 は、本開示の実施形態による動力付き外科用器具の斜視図である。

【図 2】図 2 は、図 1 の動力付き外科用器具の拡大部分斜視図である。

【図 3】図 3 は、図 1 および 2 の動力付き外科用器具の拡大部分斜視図である。

【図 4】図 4 は、本開示の実施形態に従う、図 1 ~ 3 の動力付き外科用器具の内部構成要素の部分斜視断面図である。

【図 5】図 5 は、第 1 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素を示す部分斜視断面図である。

【図 6】図 6 は、第 1 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素を示す部分斜視断面図である。

【図 7】図 7 は、第 2 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素の内部構成要素の断面図である。

【図 8A】図 8A は、本開示の実施形態に従う、図 1 ~ 7 の動力付き外科用器具の内視鏡部分を含む部分斜視図である。

【図 8B】図 8B は、図 8A に示される動力付き外科用器具の一部分の拡大斜視図である。

【図 9】図 9 は、第 3 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素の部分斜視断面図である。

【図 10】図 10 は、第 3 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素の部分斜視断面図である。

【図 11】図 11 は、第 3 の位置に配置された図 1 ~ 4 の動力付き外科用器具の内部構成要素の部分斜視断面図である。

【図 12】図 12 は、本開示の実施形態に従う、図 1 ~ 11 の動力付き外科用器具の一部分の拡大斜視図である。

【図 13】図 13 は、本開示の実施形態に従う、図 1 ~ 11 の動力付き外科用器具の一部分の拡大斜視図である。

【図 14】図 14 は、本開示の実施形態に従う、ハンドル部分を含む動力付き外科用器具の一部分の断面図である。

10

20

30

40

50

【図15】図15における15Aおよび15Bは、本開示の実施形態に従う、図1の動力付き外科用器具の遠位部分の関節運動シャフトの斜視図である。

【図16】図16は、本開示の実施形態に従う、選択的に連結可能なシャフト部分を有する動力付き外科用器具の斜視図である。

【図17】図17における17A～17Cは、シャフト部分と係合した円形のステープルカートリッジを有する端部エフェクターの各斜視図であり、各々のシャフト部分は、図16の動力付き外科用器具と連結可能である。

【図18】図18は、シャフト部分と係合した平行顎部材を有する端部エフェクターの斜視図であり、このシャフト部分は、図16の動力付き外科用器具と連結可能である。

【図19】図19は、図16の動力付き外科用器具の後ろからの斜視図である。

【図20】図20は、本開示の実施形態に従う動力付き外科用器具の部分アセンブリの図であり、ハンドルアセンブリと内視鏡部分とを示す。

【図21】図21は、本開示の実施形態に従う動力付き外科用器具の部分アセンブリの図であり、ハンドルアセンブリと内視鏡部分とを示す。

【符号の説明】

【0078】

100 外科用ステープラー

110 ハウジング

114a、114b ボタン

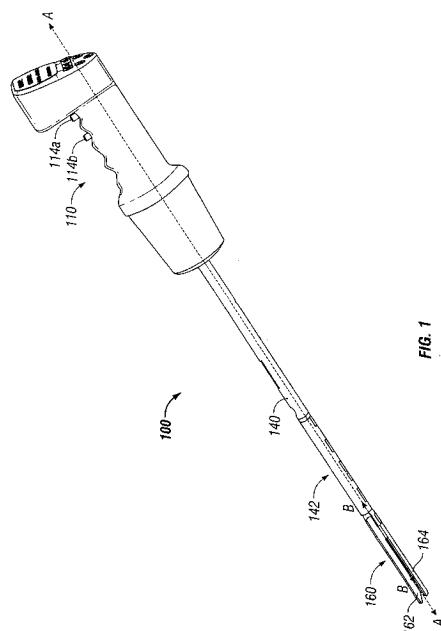
140 内視鏡部分

142 内視鏡部分の遠位端

160 端部エフェクター

162、164 顎部材

【図1】



【図2】

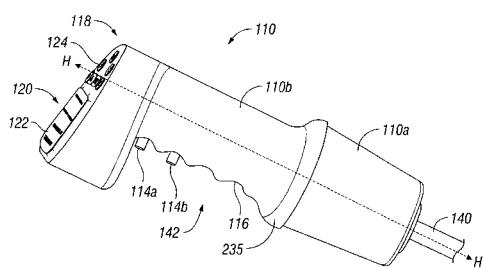


FIG. 2

【図3】

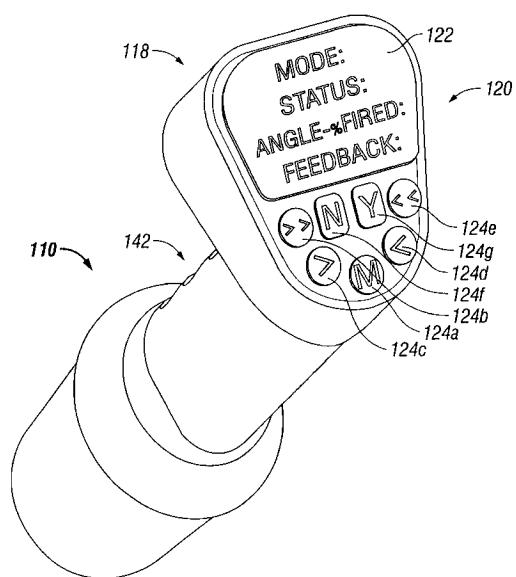


FIG. 3

【図4】

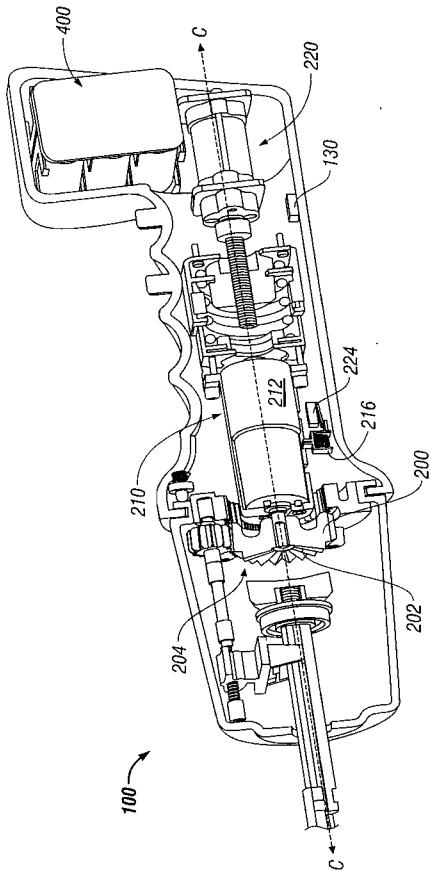


FIG. 4

【図5】

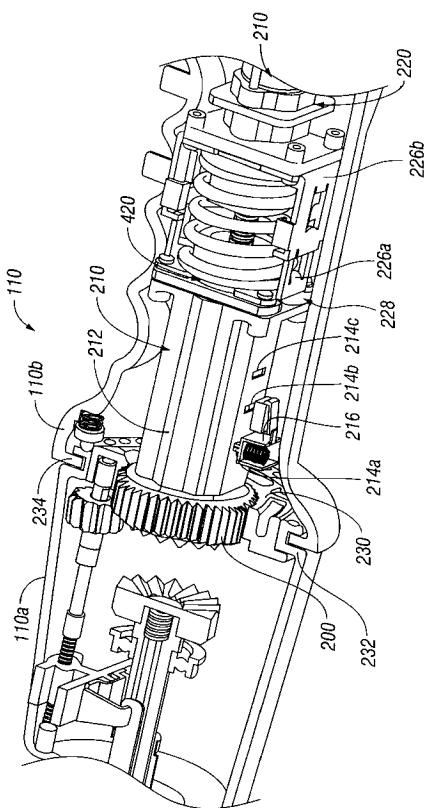


FIG. 5

【図6】

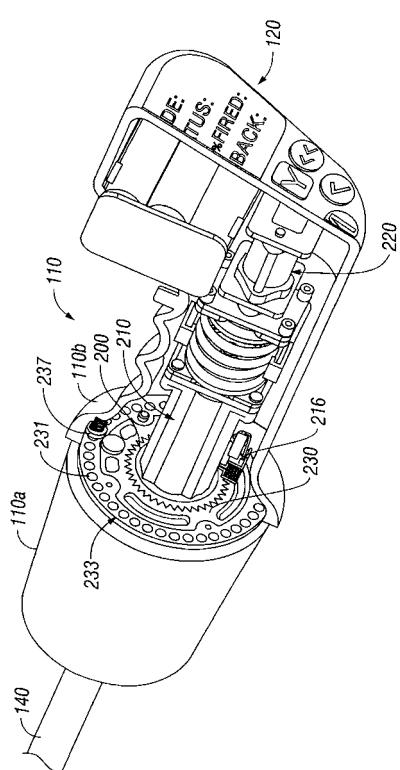


FIG. 6

【図 7】

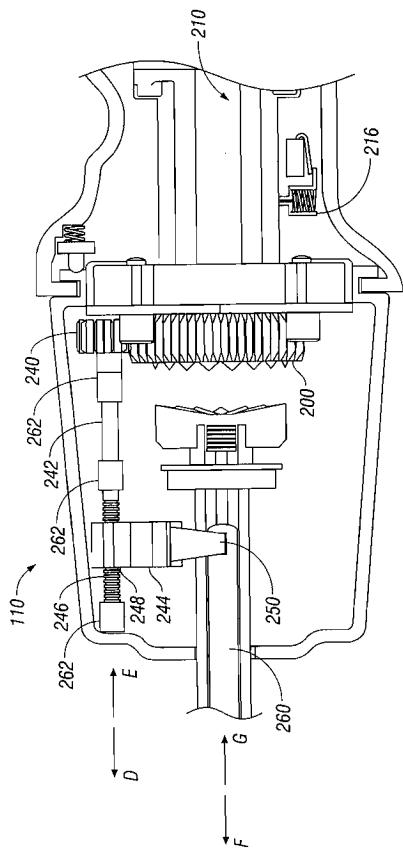


FIG. 7

【図 8 A】

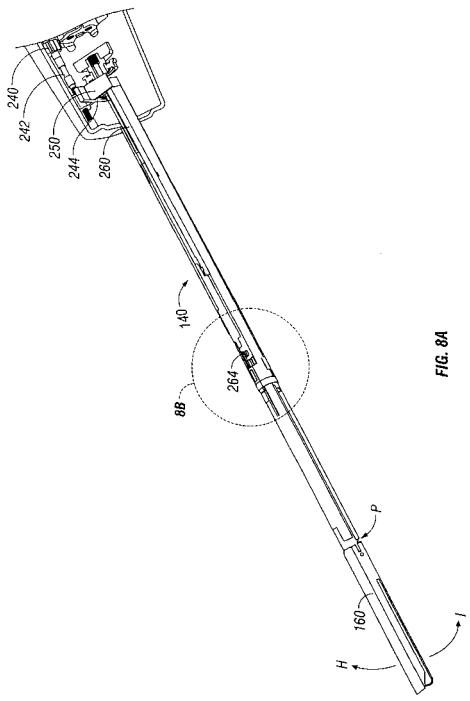


FIG. 8A

【図 8 B】

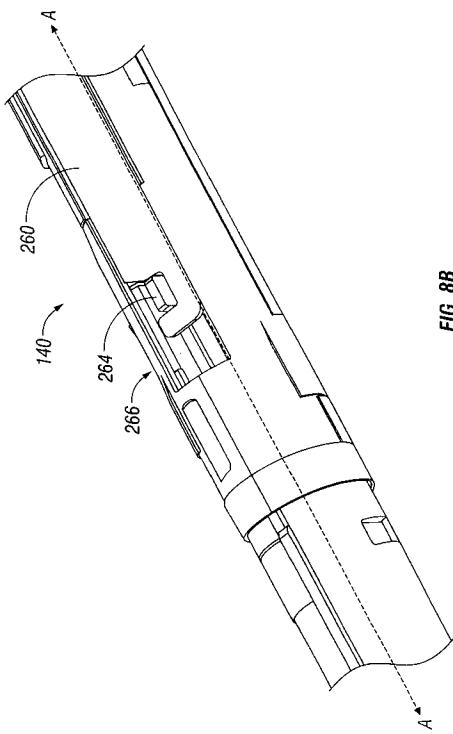


FIG. 8B

【図 9】

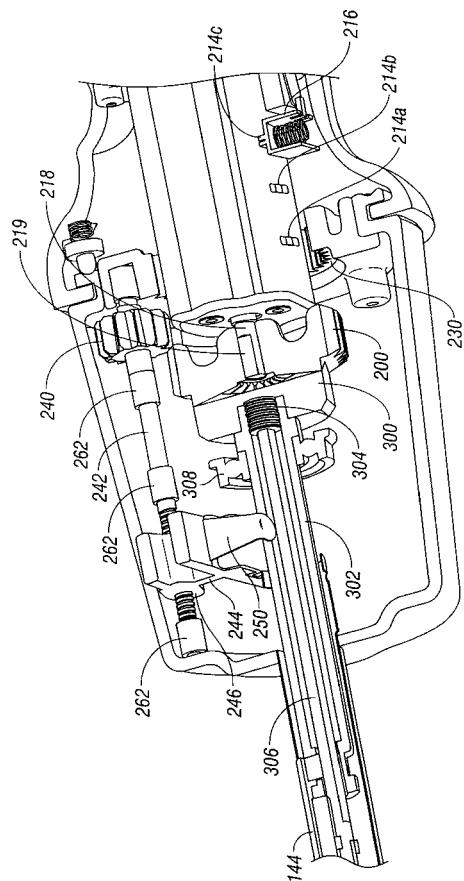


FIG. 9

【図 10】

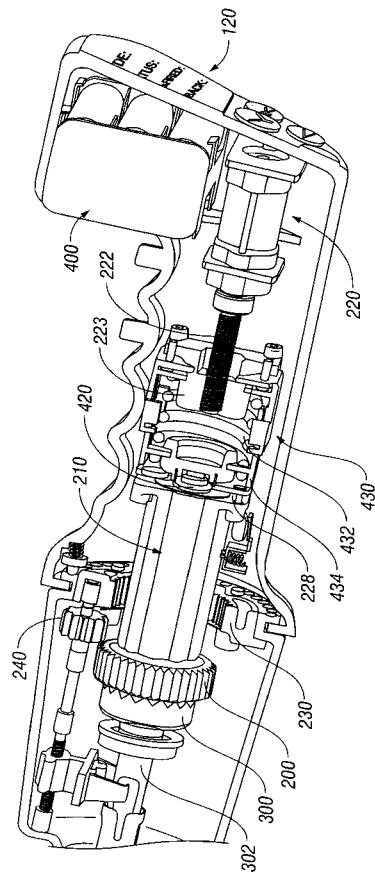


FIG. 10

【図 11】

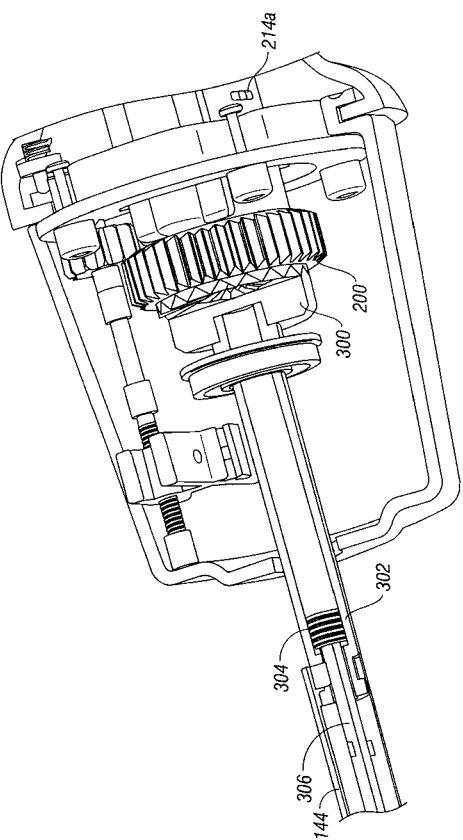


FIG. 11

【図 12】

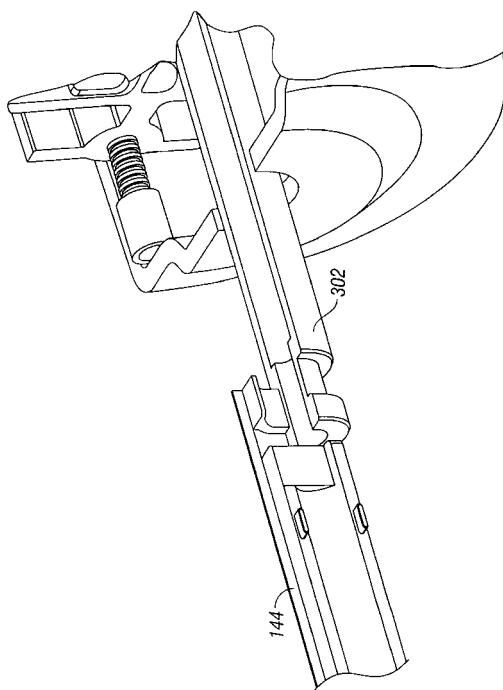


FIG. 12

【図 13】

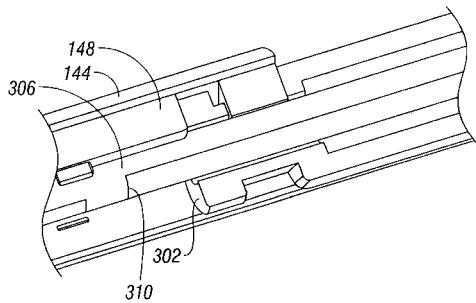


FIG. 13

【図 14】

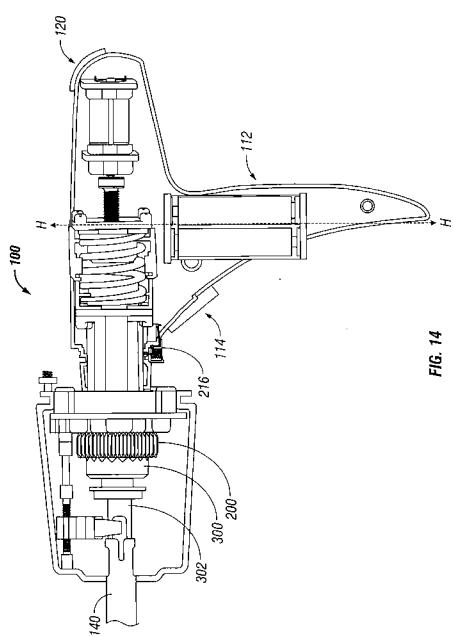


FIG. 14

【図 15】

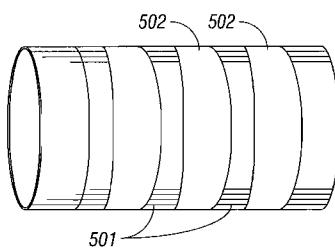


FIG. 15A

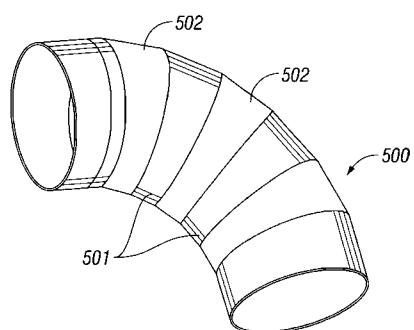


FIG. 15B

【図 16】

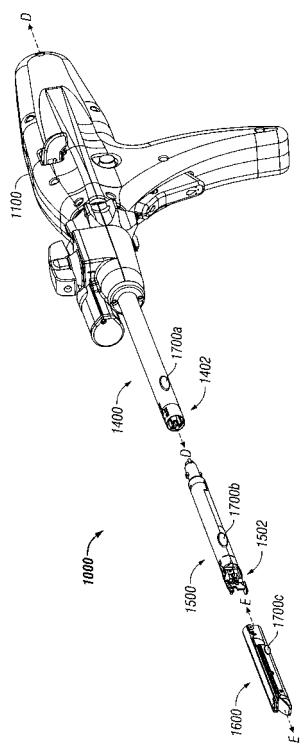


FIG. 16

【図 17】

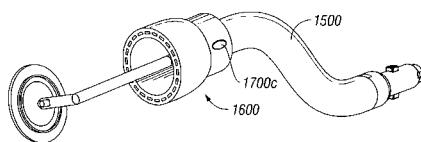


FIG. 17A

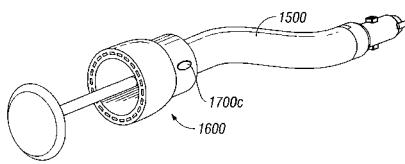


FIG. 17B

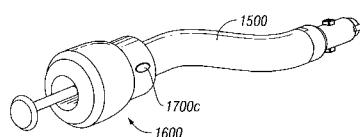


FIG. 17C

【図 18】

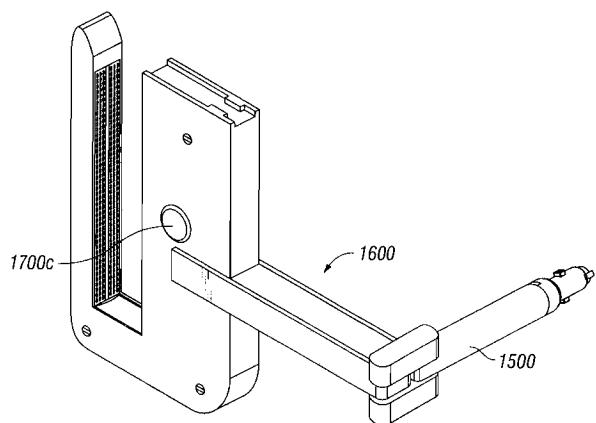


FIG. 18

【図 19】

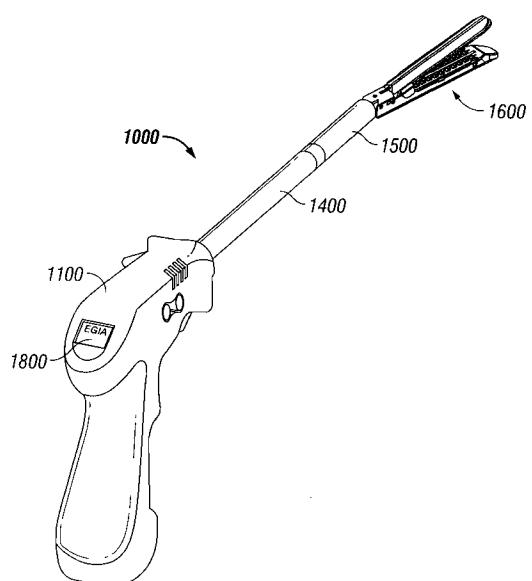


FIG. 19

【図 20】

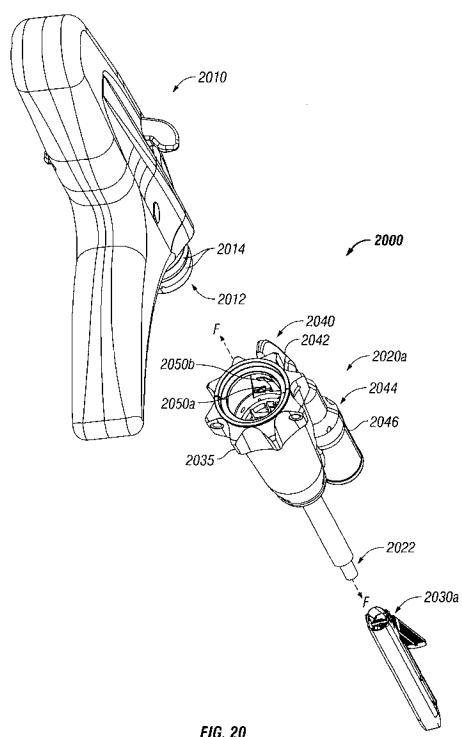


FIG. 20

【図 21】

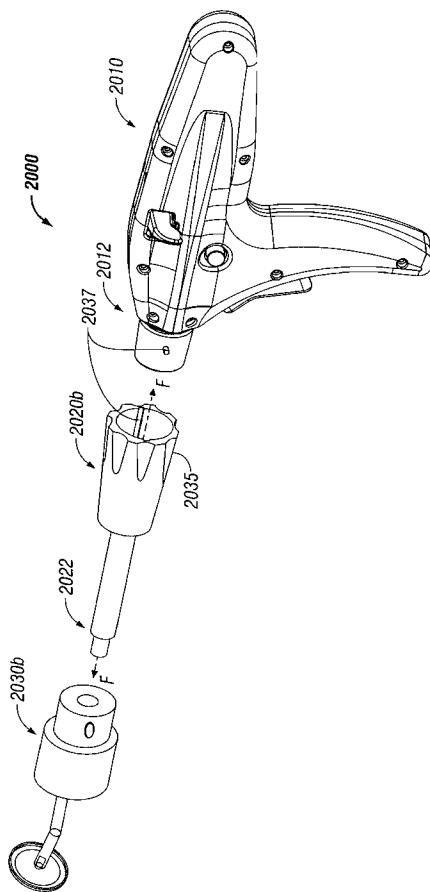


FIG. 21

フロントページの続き

(72)発明者 デイビッド シー . レースネット

アメリカ合衆国 コネチカット 06457 , ミドルタウン , バーソロミュー ロード 13
90

F ターム(参考) 4C160 CC09 CC23 CC29 CC36 FF19 MM32 NN02 NN03 NN07 NN09
NN10 NN11 NN14 NN23

专利名称(译)	动力手术器械		
公开(公告)号	JP2009106752A	公开(公告)日	2009-05-21
申请号	JP2008278583	申请日	2008-10-29
[标]申请(专利权)人(译)	柯惠有限合伙公司		
申请(专利权)人(译)	泰科医疗集团有限合伙企业		
[标]发明人	マイケルエーゼムロック デイビッドシーレースネット		
发明人	マイケル エー. ゼムロック デイビッド シー. レースネット		
IPC分类号	A61B17/072		
F1分类号	A61B17/10.310 A61B17/072		
F-Term分类号	4C160/CC09 4C160/CC23 4C160/CC29 4C160/CC36 4C160/FF19 4C160/MM32 4C160/NN02 4C160/NN03 4C160/NN07 4C160/NN09 4C160/NN10 4C160/NN11 4C160/NN14 4C160/NN23		
优先权	61/001241 2007-10-31 US 12/252427 2008-10-16 US		
其他公开文献	JP5356774B2		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

要解决的问题：提供一种动力手术器械，其具有可用较小的力操作的致动器，并且通过单手操作实现多个功能。解决方案：外科缝合器械包括手柄组件；第一内窥镜部分，其可选择性地连接到手柄组件的远端部分，限定纵向轴线，包括邻近其近端部分的壳体，并包括致动构件；电动机，其与第一内窥镜部分的壳体机械配合地设置，并且可操作地连接到致动构件，用于使致动构件基本上沿纵向轴线移动；第一末端执行器，其可选择性地连接到第一内窥镜部分的远端部分，并且被配置为执行第一钉合功能。

