

(19) 日本国特許庁(JP)

再公表特許(A1)

(11) 国際公開番号

W02013/141155

発行日 平成27年8月3日 (2015.8.3)

(43) 国際公開日 平成25年9月26日 (2013.9.26)

(51) Int.Cl.	F I	テーマコード (参考)
<b>A61B 1/04 (2006.01)</b>	A61B 1/04 370	2H040
<b>A61B 1/00 (2006.01)</b>	A61B 1/00 300D	4C161
<b>GO2B 23/24 (2006.01)</b>	A61B 1/00 300E	
	GO2B 23/24 B	

審査請求 未請求 予備審査請求 未請求 (全 17 頁)

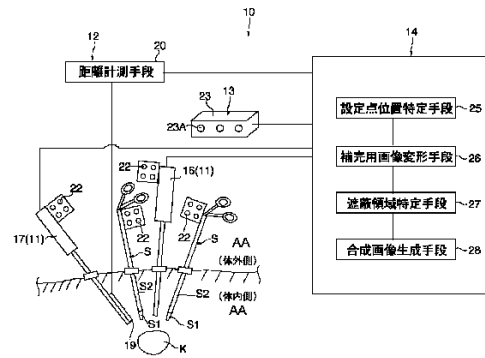
出願番号 特願2014-506196 (P2014-506196)	(71) 出願人 899000068
(21) 国際出願番号 PCT/JP2013/057392	学校法人早稲田大学
(22) 国際出願日 平成25年3月15日 (2013.3.15)	東京都新宿区戸塚町1丁目104番地
(31) 優先権主張番号 特願2012-61285 (P2012-61285)	(71) 出願人 504145342
(32) 優先日 平成24年3月17日 (2012.3.17)	国立大学法人九州大学
(33) 優先権主張国 日本国 (JP)	福岡県福岡市東区箱崎六丁目10番1号
	(74) 代理人 100114524
	弁理士 榎本 英俊
	(72) 発明者 藤江 正克
	東京都新宿区戸塚町1丁目104番地 学
	校法人早稲田大学内
	(72) 発明者 小林 洋
	東京都新宿区戸塚町1丁目104番地 学
	校法人早稲田大学内

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 画像内遮蔽領域の画像補完システム、画像処理装置及びそのプログラム

(57) 【要約】

画像補完システム10は、対象空間が撮像された術野画像V1を取得する術野内視鏡16と、術野内視鏡16とは別の視線方向から対象空間を撮像して術野画像V1を補完する補完用画像V2を取得する補完用内視鏡17と、対象空間内に多数設定された各設定点と基準点との離間距離を計測する測距装置12と、各内視鏡16, 17の3次元位置を計測する3次元位置計測装置13と、当該計測結果に基づいて、手術器具Sが対象空間とともに術野画像V1に撮像されることにより、手術器具Sの奥側に隠れた対象空間の遮蔽領域の画像情報を補完用画像V2から取得し、取得した画像情報を術野画像V1内の手術器具Sの画像情報に対して置換若しくは重畳させる画像処理装置14とを備えている。



20 Distance measuring means  
 25 Set point position identifying means  
 26 Completing image deforming means  
 27 Cut-off region identifying means  
 28 Composite image generating means  
 AA Outside the body/inside the body

**【特許請求の範囲】****【請求項 1】**

モニター対象となる対象空間が撮像された主画像を取得する主撮像装置と、  
当該主撮像装置とは別の視線方向から前記対象空間を撮像することで、前記主画像を補完するための補完用画像を取得する補完用撮像装置と、

前記対象空間に少なくとも3点以上設定された各設定点の3次元位置、並びに前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置のそれぞれの3次元位置に基づき、前記主画像の一部を前記補完用画像で補完する画像処理装置とを備え、

前記主画像装置及び前記補完用撮像装置は、それぞれ移動しながら前記対象空間をほぼ同時に撮像可能に設けられ、

前記画像処理装置では、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像されることにより、前記部材の奥側に隠れた前記対象空間の遮蔽領域の画像情報を、逐次検出される前記各3次元位置の情報を基に前記補完用画像から取得し、当該取得した画像情報を前記主画像内の前記部材の画像情報に対して置換若しくは重畳させることで、前記遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成することを特徴とする画像内遮蔽領域の画像補完システム。

**【請求項 2】**

前記画像処理装置は、前記各3次元位置の検出結果から、前記各設定点について、前記主画像の画面座標系における画面内座標及び前記補完用画像の画面座標系における画面内座標を特定する設定点位置特定手段と、

前記各画面内座標に基づき、前記補完用画像を前記主撮像装置の視線方向に変換するように、前記補完用画像の各点の画像情報を画面内で移動させた変形画像を生成する補完用画像変形手段と、

前記遮蔽領域の前記主画像内での位置を特定する遮蔽領域特定手段と、

前記遮蔽領域の画像情報を、前記変形画像内で前記遮蔽領域に相応する相応領域の画像情報に置換若しくは重畳することで、前記合成画像を生成する合成画像生成手段とを備えたことを特徴とする請求項1記載の画像内遮蔽領域の画像補完システム。

**【請求項 3】**

モニター対象となる対象空間が撮像された主画像を取得する主撮像装置と、

当該主撮像装置とは別の視線方向から前記対象空間を撮像することで、前記主画像を補完するための補完用画像を取得する補完用撮像装置と、

前記対象空間に少なくとも3点以上設定された各設定点と所定の基準点との離間距離をそれぞれ計測する測距装置と、

前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置の3次元位置を計測する3次元位置計測装置と

、  
前記測距装置及び前記3次元位置計測装置からの計測結果に基づいて、前記主画像の一部を前記補完用画像で補完する画像処理装置とを備え、

前記画像処理装置は、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像されることにより、前記部材の奥側に隠れた対象空間の遮蔽領域の画像情報を前記補完用画像から取得し、当該取得した画像情報を前記主画像内の前記部材の画像情報に対して置換若しくは重畳させることで、前記遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成することを特徴とする画像内遮蔽領域の画像補完システム。

**【請求項 4】**

前記画像処理装置は、前記測距装置及び前記3次元位置計測装置の計測結果から、前記各設定点について、前記主画像の画面座標系における画面内座標及び前記補完用画像の画面座標系における画面内座標を特定する設定点位置特定手段と、

前記各画面内座標に基づき、前記補完用画像を前記主撮像装置の視線方向に変換するように、前記補完用画像の各点の画像情報を画面内で移動させた変形画像を生成する補完用画像変形手段と、

前記遮蔽領域の前記主画像内での位置を特定する遮蔽領域特定手段と、

10

20

30

40

50

前記遮蔽領域の画像情報を、前記変形画像内で前記遮蔽領域に相応する相応領域の画像情報に置換若しくは重畳することで、前記合成画像を生成する合成画像生成手段とを備えたことを特徴とする請求項 3 記載の画像内遮蔽領域の画像補完システム。

【請求項 5】

前記補完用画像変形手段では、前記補完用画像内の前記各設定点が、前記主画像内に存在する同一の前記設定点の画面内座標に一致するように、前記補完用画像の画像情報を移動することで前記変形画像を生成することを特徴とする請求項 2 又は 4 記載の画像内遮蔽領域の画像補完システム。

【請求項 6】

主撮像装置によって取得され、モニター対象となる対象空間の主画像と、補完用撮像装置によって前記主画像と別の視線方向からほぼ同時に撮像された前記対象空間の補完用画像とを合成することで、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像された際に、前記部材の少なくとも一部によって遮蔽された前記主画像内の遮蔽領域の画像情報を前記補完用画像の画像情報で補完する処理を行う画像処理装置であって、

前記対象空間に少なくとも 3 点以上設定された各設定点について、当該各設定点の 3 次元位置と、前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置のそれぞれの 3 次元位置とから、前記主画像の画面座標系における画面内座標及び前記補完用画像の画面座標系における画面内座標を特定する設定点位置特定手段と、

前記各画面内座標に基づき、前記補完用画像を前記主画像の視線方向に変換するように、前記補完用画像の各点の画像情報を画面内で移動させた変形画像を生成する補完用画像変形手段と、

前記遮蔽領域の前記主画像内での位置を特定する遮蔽領域特定手段と、

前記遮蔽領域の画像情報を、前記変形画像内で前記遮蔽領域に相応する相応領域の画像情報に置換若しくは重畳することで、前記主画像の遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成する合成画像生成手段とを備えたことを特徴とする画像処理装置。

【請求項 7】

主撮像装置によって取得され、モニター対象となる対象空間の主画像と、補完用撮像装置によって前記主画像と別の視線方向からほぼ同時に撮像された前記対象空間の補完用画像とを合成することで、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像された際に、前記部材の少なくとも一部によって遮蔽された前記主画像内の遮蔽領域の画像情報を前記補完用画像の画像情報で補完する処理を行うコンピュータを含む画像処理装置のプログラムであって、

前記対象空間に少なくとも 3 点以上設定された各設定点について、当該各設定点の 3 次元位置と、前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置のそれぞれの 3 次元位置とから、前記各設定点の前記主画像内の画面内座標及び前記補完用画像内の画面内座標を算出する設定点位置特定手段と、

前記各画面内座標に基づき、前記補完用画像を前記主画像の視線方向に変換するように、前記補完用画像の各点の画像情報を画面内で移動させた変形画像を生成する補完用画像変形手段と、

前記遮蔽領域の前記主画像内での位置を特定する遮蔽領域特定手段と、

前記遮蔽領域の画像情報を、前記変形画像内で前記遮蔽領域に相応する相応領域の画像情報に置換若しくは重畳することで、前記主画像の遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成する合成画像生成手段として、前記コンピュータを機能させることを特徴とする画像処理装置のプログラム。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、画像内遮蔽領域の画像補完システム、画像処理装置及びそのプログラムに係り、更に詳しくは、所定の部材によって一部が遮蔽された状態で撮像された対象空間の画像情報を他の視線方向から撮像された他の画像情報で補完する画像内遮蔽領域の画像補完

10

20

30

40

50

システム、画像処理装置及びそのプログラムに関する。

【背景技術】

【0002】

近年、大きな切開を要せずに患者への負担を少なくする低侵襲手術が普及しており、この低侵襲手術として内視鏡下手術が知られている。この内視鏡下手術は、メス、鉗子、穿刺針等が先端側に設けられた棒状の手術器具と、内視鏡とが、患者の体表部分に開けた穴から体内に挿入され、手術者が手術器具を患者の体外側から操作することにより、患部の処置を行う手術である。このような内視鏡下手術は、手術者の手で手術器具を直接操作する態様の他に、ロボットアームの動作にて手術器具を動かす手術支援ロボットの支援による態様もある。

10

【0003】

ところが、前述の内視鏡下手術では、手術者が患部及びその周辺を直視することができず、モニター上の内視鏡映像でしか患部を視認できないため、手術者の視野が制限されるという問題がある。特に、内視鏡映像では、手術器具が映ると、当該手術器具の奥行側に存在する体内空間が手術器具によって隠されて視認することができない。このような場合は、内視鏡の姿勢を変える操作等で対処可能になる場合があるが、術中における当該操作が面倒となる。加えて、手術器具は、術中、患部に接近していることが多く、内視鏡の姿勢を変えても、依然、内視鏡映像のどこかに映ることが多いため、手術器具による遮蔽領域の存在により、視野が一層狭くなってしまうことが多く、患部付近の正確な空間把握が一層難しくなる。このため、前記遮蔽領域に、手術器具を接触させてはならない血管や神経等の危険部位が存在すると、当該危険部位に手術器具が不意に接触し、出血等の偶発症を発生させてしまう虞がある。

20

【0004】

ところで、特許文献1には、MRI（磁気共鳴画像診断装置）等で撮像された三次元画像データを処理して内視鏡映像に重畳する手術支援装置が開示されている。この手術支援装置では、三次元画像内の特定領域を抽出したセグメンテーション画像データを作成し、当該セグメンテーション画像データに投影処理を施して手術支援画像を作成し、当該手術支援画像を内視鏡映像に重畳するようになっている。

【0005】

また、特許文献2には、手術中に撮像された立体内視鏡画像と、MRI等によって手術前に撮像された画像データから得られた3次元画像との対応を取り、これら各画像内の位置合わせを行って、当該各画像を合成表示する画像処理装置が開示されている。この画像処理装置では、術具によって、立体内視鏡画像の左右何れかの画像の一部が遮られている場合に、術具の裏側に存在する組織における特徴点を幾何学的に復元し、術具の裏側に存在する組織の3次元位置を把握するようになっている。

30

【先行技術文献】

【特許文献】

【0006】

【特許文献1】特開2007-7041号公報

【特許文献2】特開平11-309号公報

40

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

【0007】

しかしながら、前記特許文献1の手術支援装置にあっては、内視鏡映像に手術器具が映った場合、その奥行方向の遮蔽領域が自動的に特定され、当該遮蔽領域における体内空間の画像情報が得られる訳ではなく、内視鏡映像内の手術器具の存在による手術者の視野の制限という前述の問題を解決することができない。

【0008】

また、前記特許文献2の画像処理装置にあっては、立体内視鏡内で、手術器具等によって遮蔽された裏側の組織の3次元位置を特定するために、先ず、手術器具が映らない状態

50

の立体内視鏡画像を取得し、手術中、その際の立体内視鏡の位置姿勢を変えないことが条件になる。従って、立体内視鏡の位置姿勢を変える度に、内視鏡画像に映らない場所に手術器具を待避させる操作が都度必要になり、手術をスムーズに行う上での障害となる。更に、MRI等によって手術前に得られた3次元画像を内視鏡画像に重ね合わせるため、手術中に内視鏡画像に映る臓器等が動かされる等、内視鏡画像に撮像される体内空間の状態が変化する場合には、リアルタイムに取得される内視鏡画像と、手術前にMRI等によって取得した過去の体内空間の状態を表す3次元画像との間で、同一部分の対応を取ることができず、前記内視鏡画像に前記3次元画像を重ね合わせることができない。

【0009】

本発明は、このような課題に着目して案出されたものであり、その目的は、所定の対象空間を撮像した画像に対し、所定の部材によって一部が遮蔽された遮蔽領域が存在する場合に、対象空間の状況が変わっても、煩雑な操作を行わずに、当該遮蔽領域における対象空間の画像情報を補完することができる画像内遮蔽領域の画像補完システム、画像処理装置及びそのプログラムを提供することにある。

10

【課題を解決するための手段】

【0010】

前記目的を達成するため、本発明は、主として、モニター対象となる対象空間が撮像された主画像を取得する主撮像装置と、当該主撮像装置とは別の視線方向から前記対象空間を撮像することで、前記主画像を補完するための補完用画像を取得する補完用撮像装置と、前記対象空間に少なくとも3点以上設定された各設定点と所定の基準点との離間距離をそれぞれ計測する測距装置と、前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置の3次元位置を計測する3次元位置計測装置と、前記測距装置及び前記3次元位置計測装置からの計測結果に基づいて、前記主画像の一部を前記補完用画像で補完する画像処理装置とを備え、当該画像処理装置は、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像されることにより、前記部材の奥側に隠れた対象空間の遮蔽領域の画像情報を前記補完用画像から取得し、当該取得した画像情報を前記主画像内の前記部材の画像情報に対して置換若しくは重畳させることで、前記遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成する、という構成を採っている。

20

【発明の効果】

【0011】

本発明によれば、手術器具等の部材が対象空間とともに主画像内に撮像され、対象空間の一部の画像情報が手術器具で隠された場合に、当該隠された部分における部材の奥行側の画像情報が、リアルタイムな補完用画像の画像情報により補完され、主画像に対して、前記部材をあたかも透視したかのような合成画像をリアルタイムで得ることができる。その結果、前記部材による遮蔽領域が画像処理によって解消され、当該遮蔽領域の存在による主画像内での視野の低下が改善され、当該視野を実質的に広げることができる。

30

【図面の簡単な説明】

【0012】

【図1】本実施形態に係る画像補完システムの概略システム構成図。

【図2】(A)~(F)は、術野画像V1と補完用画像V2の合成画像を取得するための手順を説明するための画像を示す図。

40

【図3】座標系の変換を説明するための概念図。

【図4】(A)は、設定点 $P_i$ の画面内移動を説明するための画像を示す図であり、(B)は、非定点 $P_p$ の画面内移動を説明するために(A)の一部を拡大した画像を示す図である。

【発明を実施するための形態】

【0013】

以下、本発明の実施形態について図面を参照しながら説明する。

【0014】

図1には、本実施形態に係る画像内遮蔽領域の画像補完システムの概略システム構成図

50

が示されている。この図において、本実施形態の画像補完システム10は、手術器具Sの先端に取り付けられたメスや鉗子等の処置部S1を体外側から操作して手術を行う内視鏡下手術時に用いられる内視鏡映像を補完するシステムである。

【0015】

この画像補完システム10は、処置対象の患部を含む臓器K及びその周辺部分からなるモニター対象の体内空間である対象空間を撮像する撮像装置11と、対象空間内の物体に仮想的に多数設定された各設定点と所定の基準点との離間距離をそれぞれ計測する測距装置12と、撮像装置11の3次元位置をそれぞれ計測する3次元位置計測装置13と、撮像装置11で得られた画像を処理する画像処理装置14とを備えている。

【0016】

前記撮像装置11は、手術者が手術の際に見る治療領域の内視鏡映像を構成する主画像となる術野画像V1(図2(A)参照)を取得する単眼の術野内視鏡16(主撮像装置)と、術野画像を補完する補完用画像V2(図2(B)参照)を取得する単眼の補完用内視鏡17(補完用撮像装置)とからなる。術野内視鏡16は、手術者の指示或いは操作により、所望の対象空間を撮像されるようになっており、補完用内視鏡17は、術野内視鏡16と別の視線方向から前記対象空間を撮像可能になっており、術野内視鏡16の移動に追従して一体的に移動可能にしても良いし、術野内視鏡16と相対移動可能にしても良い。但し、補完用内視鏡17は、術野内視鏡16で撮像される術野画像V1内に存在する手術器具Sによって、当該術野画像V1内で隠されてしまったその奥行側の対象空間の領域を撮像可能となるように配置される。

【0017】

前記測距装置12としては、例えば、特開2010-220787号公報等に開示された公知の構造のものが採用されており、ステレオ画像を取得可能なステレオカメラ19と、ステレオカメラ19で撮像された一对のステレオ画像の間で対応点を探索し、ステレオマッチング法を用いて、各対応点のステレオカメラ19の先端からの距離を求める距離計測手段20とを備えている。なお、測距装置12の詳細な構造及びアルゴリズムについては、公知の技術が採用され、本発明の本質部分ではないため、詳細な説明を省略する。

【0018】

ここで、前記ステレオカメラ19は、補完用内視鏡17に一体的に設けられており、補完用内視鏡17に映る空間の殆どのステレオ画像を取得可能となっている。

【0019】

前記距離計測手段20では、図2(C)に模式的に示すように、補完用内視鏡17に映る物体の表面上に、多数の設定点Pが自動的に設定され、当該各設定点Pについて、ステレオカメラ19の先端からの距離が求められ、ステレオカメラ19の所定点を原点としたステレオカメラ座標系における3次元座標(3次元位置)が特定(検出)される。ここで、各設定点Pは、特に限定されるものではなく、少なくとも3点以上存在すれば良いが、本実施形態では、補完用内視鏡17に映る物体について、画面上の縦横所定間隔毎に多数設定される。なお、ステレオカメラ19の何れか一方のカメラを補完用内視鏡17と併用してもよい。

【0020】

前記3次元位置計測装置13は、位置計測対象となる部材にそれぞれ少なくとも3箇所ずつ取り付けられるマーカ22と、各マーカ22から発光された赤外線を受光する受光部23Aを含む本体23とを備え、各マーカ22の動きに合わせて当該赤外線を追跡することにより、各マーカ22の3次元位置を検出可能な公知の構造のものが採用される。当該構造については、本発明の本質部分でないため、詳細な説明を省略する。なお、3次元位置計測装置13としては、位置計測対象となる部材の3次元位置を検出できる限りにおいて、種々の原理や構造の装置を代替的に用いることも可能である。

【0021】

ここで、前記マーカ22は、手術器具S、術野内視鏡16、及び補完用内視鏡17のそれぞれについて、手術時に体外側に位置する後端部分に取り付けられており、それら後端

10

20

30

40

50

部分について、本体 23 で、所定点を原点とする基準座標系の 3 次元座標（位置）が測定される。また、手術器具 S、術野内視鏡 16、及び補完用内視鏡 17 が予め特定された既知の形状であるため、それら後端部分の 3 次元座標から、当該後端部分と相対移動しない各構成部分の 3 次元座標が、本体 23 内の演算によって求められる。なお、術野内視鏡 16 及び補完用内視鏡 17 が相対移動不能に一体化されていれば、それら何れか一方のみにマーカ 22 を設ければ良い。また、本実施形態では、補完用内視鏡 17 と測距装置 12 のステレオカメラ 19 とが相対移動不能に一体的に設けられているため、3 次元位置計測装置 13 で補完用内視鏡 17 の各構成部分の位置が求められると、ステレオカメラ 17 の各構成部分の位置も自動的に特定される。これにより、測距装置 12 で求めたステレオカメラ座標系における各設定点 P の 3 次元座標が、3 次元位置計測装置 13 の計測結果から、前記基準座標系の 3 次元座標に変換可能になる。

10

**【0022】**

なお、ステレオカメラ 17 が、手術器具 S、術野内視鏡 16、及び補完用内視鏡 17 の何れにも相対移動可能になっている場合には、ステレオカメラ 17 の後端部分にもマーカ 22 が取り付けられる。

**【0023】**

前記画像処理装置 14 は、CPU 等の演算処理装置及びメモリやハードディスク等の記憶装置等からなるコンピュータによって構成され、当該コンピュータを以下の各手段として機能させるためのプログラムがインストールされている。

**【0024】**

この画像処理装置 14 は、術野画像 V1 内に映る手術器具 S の奥行側に隠れた対象空間の遮蔽領域について、補完用画像 V2 から画像情報を取得し、当該取得した画像情報を術野画像 V1 の遮蔽領域の画像情報に対して置換若しくは重畳させることで、当該遮蔽領域を補完用画像で補完した合成画像を生成する処理を行うようになっている。

20

**【0025】**

具体的に、画像処理装置 14 は、測距装置 12 及び 3 次元位置計測装置 13 の計測結果から、各設定点 P について、基準座標系における 3 次元座標（3 次元位置）を特定し、術野画像 V1 内の画面座標系における画面内座標（2 次元座標）と補完用画像 V2 内の画面座標系における画面内座標（2 次元座標）とを求める設定点位置特定手段 25 と、設定点位置特定手段 25 で求めた各画面内座標に基づき、補完用画像 V2 内の画像情報を術野内視鏡 16 の視線方向に変換するように、補完用画像における各点（ピクセル）の画像情報を画面内で移動させた変形画像 V3（図 2（D）参照）を生成する補完用画像変形手段 26 と、術野画像 V1 内で、手術器具 S の処置部 S1 よりも後側となる棒状の本体部分 S2 が占める遮蔽領域を特定する遮蔽領域特定手段 27 と、変形画像 V3 内で遮蔽領域に相応する相応領域（図 2（D）中の破線内領域）を特定し、術野画像 V1 の遮蔽領域の画像情報を変形画像 V3 の相応領域の画像情報に置換若しくは重畳することで、術野画像 V1 と補完用画像 V2 の合成画像を生成する合成画像生成手段 28 とを備えている。

30

**【0026】**

前記画像処理装置 14 における画像補完の手順について、以下に説明する。

**【0027】**

まず、設定点位置特定手段 25 では、3 次元位置計測装置 13 の計測結果から、測距装置 12 で求めたステレオカメラ座標系における各設定点 P の 3 次元座標が前記基準座標系（図 3 参照）の 3 次元座標に変換される。そして、予め記憶された以下の公知の数式により、補完用画像 V2 内における各設定点 P の画面内座標（2 次元座標）が求められる。なお、3 次元座標系である基準座標系は、z 軸方向が補完用内視鏡 17 の光軸方向に一致するように設定されている。

40

【数 1】

$$u_i = fk_u \frac{x_i}{z_i} + u_0 \quad (1)$$

$$v_i = fk_v \frac{y_i}{z_i} + v_0 \quad (2)$$

10

以上の各式において、 $(x_i, y_i, z_i)$  は、基準座標系における各設定点  $P_i$  ( $i = 1 \sim n$ ) の 3次元座標である。また、式 (1) 及び (2) において、 $(u_i, v_i)$  は、設定点  $P_i$  の補完用画像 V2 における画面座標系の画面内座標、すなわち、画面横方向と画面縦方向の 2次元座標である。更に、 $f$  は、術野内視鏡の焦点距離であり、 $k_u$  は、補完用内視鏡 17 の画面横方向の画面解像度であり、 $k_v$  は、補完用内視鏡 17 の画面縦方向の画面解像度であり、 $(u_0, v_0)$  は、補完用画像 V2 の画像面上で光軸の横切る点の画面横方向と画面縦方向の座標である。ここで、 $f$ 、 $k_u$ 、 $k_v$ 、 $u_0$ 、 $v_0$  は、補完用内視鏡 17 の仕様や配置状態に応じて特定され、予め記憶された定数である。

【0028】

次に、基準座標系における各設定点  $P_i$  の座標  $(x_i, y_i, z_i)$  が、3次元位置計測装置 13 の計測結果による術野内視鏡 16 と補完用内視鏡 17 との相対位置関係から、術野内視鏡 16 の所定位置を基準とした 3次元座標  $(x_i, y_i, z_i)$  に変換され、更に、上式 (1)、(2) と同様の数式により、各設定点  $P_i$  の術野内視鏡 16 内における画面内座標  $(u_i, v_i)$  に変換される。

20

【0029】

次に、補完用画像変形手段 26 では、各設定点  $P_i$  の術野画像 V1 の画面内座標  $(u_i, v_i)$  と、各設定点  $P_i$  の補完用画像 V2 の画面内座標  $(u_i, v_i)$  とから、補完用画像 V2 内の各点の画像情報が、当該各点と同一部位が映された術野画像 V1 内の画面内座標に相当する位置に補完用画像 V2 の画面内で移動され、補完用画像 V2 の変形画像 V3 が生成される。

30

【0030】

すなわち、ここでは、先ず、図 4 (A) に示されるように、補完用画像 V2 の画面内座標  $(u_i, v_i)$  における各設定点  $P_i$  の画像情報が、相応する各設定点  $P_i$  の術野画像 V1 内での画面内座標  $(u_i, v_i)$  と同一の画面内座標になるように、補完用画像 V2 内で移動される。そして、図 4 (B) に示されるように、補完用画像 V2 における設定点  $P_i$  (同図中白丸点) 以外の残り部位となる各非定点  $P_p$  ( $p = 1, 2, \dots$ ) (同図中黒丸点: 1点のみ表示) の画像情報が、加重平均により以下のように移動される。なお、図 4 (B) において、設定点  $P_i$  については、同図中白丸にて表されている。一方、各非定点  $P_p$  については、図面の錯綜を回避する理由で、1点の黒丸にて表されているが、実際は、設定点  $P_i$  を除く画面内のピクセル部分にそれぞれ存在することになる。

40

【0031】

先ず、補完用画像 V2 の全体よりも小さい一定範囲の仮想領域 T が設定され、一つの非定点  $P_p$  を中心にして、仮想領域 T 内に存在する設定点  $P_i$  が特定される。図 4 (B) の例では、仮想領域 T 内に  $P_1$  から  $P_4$  の 4 個の設定点  $P_i$  が存在する。

次に、次の重み係数  $W_i$  が、仮想領域 T 内に存在する設定点  $P_i$  に対応してそれぞれ求められる。具体的には、仮想領域 T 内に存在する設定点  $P_i$  それぞれについて、非定点  $P_p$  に対する離間距離が求められ、当該離間距離から、予め設定された演算式を用いて重み係数  $W_i$  が求められる。この重み係数  $W_i$  は、離間距離に応じて逆比例するように設定される。

そして、以下の式によって、各非定点  $P_p$  についての移動ベクトル  $T(u_p, v_p)$  が

50

それぞれ求められる。なお、ここでは、仮想領域 T 内に N 個存在する設定点  $P_i$  を設定点  $P T_j$  ( $j = 1, 2, \dots, N$ ) とし、当該各設定点  $P T_j$  につき、前述した手順によって特定された補完用画像 V 2 内の移動ベクトルを  $T(u_j, v_j)$  とし、非定点  $P_p$  からの離間距離に応じた前述の重み係数を  $W_j$  とする。

【数 2】

$$T(u_p, v_p) = \frac{\sum_{j=1}^N W_j T(u_j, v_j)}{\sum_{j=1}^N W_j} \quad (3)$$

10

その後、補完用画像 V 2 の各非定点  $P_p$  の画像情報が、それぞれ求めた移動ベクトル  $T(u_p, v_p)$  による移動量及び移動方向に従い、補完用画像 V 2 の画面内で移動される。その結果、補完用画像 V 2 内の各設定点  $P_i$  及び各非定点  $P_p$  の各画像情報を同一画面内で移動させ、補完用画像 V 2 を術野内視鏡 16 の視線方向に変換させた変形画像 V 3 が生成される。

20

【0032】

なお、補完用画像変形手段 26 では、非定点  $P_p$  における画像情報の移動ベクトル  $T(u_p, v_p)$  を加重平均により求めたが、設定点  $P_i$  の位置情報から B スプライン補完等、他の手法を用いて移動ベクトル  $T(u_p, v_p)$  を求めても良い。

【0033】

次に、前記遮蔽領域特定手段 27 では、次のようにして、術野画像 V 1 内で本体部分 S 2 が占める遮蔽領域の位置が特定される。すなわち、3次元位置計測装置 13 により、手術器具 S 1 の各部位の基準座標系における 3次元座標が求められる。そして、これら各 3次元座標は、設定点位置特定手段 25 での説明した各式と同様の演算式を用い、術野画像 V 1 の画面座標系における画面内座標 (2次元座標) に変換され、術野画像 V 1 における遮蔽領域の位置が特定される。なお、遮蔽領域の特定は、前述した手法に限定されるものではなく、本体部分 S 2 に所定の色彩を付し、当該色彩に基づき、術野画像 V 1 の画像情報を識別して遮蔽領域を特定する公知の手法を採用しても良い。

30

【0034】

その後、前記合成画像生成手段 28 では、以下のマスク処理を行うことで合成画像が生成される。すなわち、先ず、図 2 (E) に示されるように、術野画像 V 1 内で特定された遮蔽領域を抽出したマスクが生成される。そして、生成されたマスクにより、術野画像 V 1 内の遮蔽領域の画面内座標の範囲と一致する変形画像 A 3 (同図 (D)) 内の画面内座標の範囲が、相応領域 (同図 (D) の破線内領域) として特定され、この相応領域の画像情報が抽出される。その後、当該相応領域の画像情報が、術野画像 V 1 内の遮蔽領域の画像情報に対して重畳若しくは置換され、同図 (F) に示される合成画像が生成される。

40

【0035】

前記合成画像は、術野画像 V 1 をベースに、術野画像 V 1 に写る手術器具 S の本体部分 S 2 を透過させたかの如く、本体部分 S 2 の奥行側の画像情報が、補完用内視鏡 17 からの補完用画像 V 2 で補完された画像となる。従って、合成画像では、術野画像 V 1 に映された手術器具 S のうち先端の処置部 S 1 のみ残された状態となり、術野画像 V 1 において、手術者が術中に必要な処置部 S 1 の他は、体内空間を映し出すことができ、内視鏡映像の術野を実質的に拡げることができる。

【0036】

なお、前記実施形態では、内視鏡下手術における内視鏡映像の画像処理を行う画像補完

50

システム10について図示説明したが、本発明はこれに限らず、内視鏡下手術を支援する手術支援ロボットの内視鏡映像の画像処理の他、例えば、原子力発電所の原子炉内での作業等、人が立ち入ることができずに直視できない作業空間について、カメラ等の撮像装置からの映像を取得しながら、ロボットアーム等の遠隔操作を行うための画像処理にも適用可能である。この場合は、前述の手術器具Sをロボットアーム等の予め特定された部材に代え、前述と同様のアルゴリズムを適用すれば、当該用途に沿った画像補完システムとすることができる。

【0037】

その他、本発明における装置各部の構成は図示構成例に限定されるものではなく、実質的に同様の作用を奏する限りにおいて、種々の変更が可能である。

10

【産業上の利用可能性】

【0038】

本発明は、人間が直視できない空間内の画像を取得する撮像装置による視野の制限を補完するシステムとして産業上利用可能である。

【符号の説明】

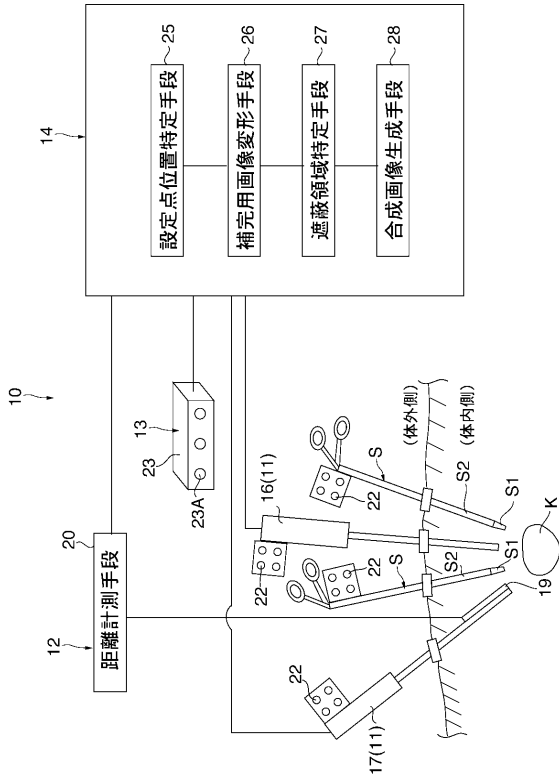
【0039】

- 10 画像補完システム
- 11 撮像装置
- 12 測距装置
- 13 3次元位置計測装置
- 14 画像処理装置
- 16 術野内視鏡（主撮像装置）
- 17 補完用内視鏡（補完用撮像装置）
- 25 画像内位置算出手段
- 26 補完用画像変形手段
- 27 遮蔽領域特定手段
- 28 合成画像生成手段
- P 設定点
- S 手術器具（部材）
- V1 術野画像（主画像）
- V2 補完用画像

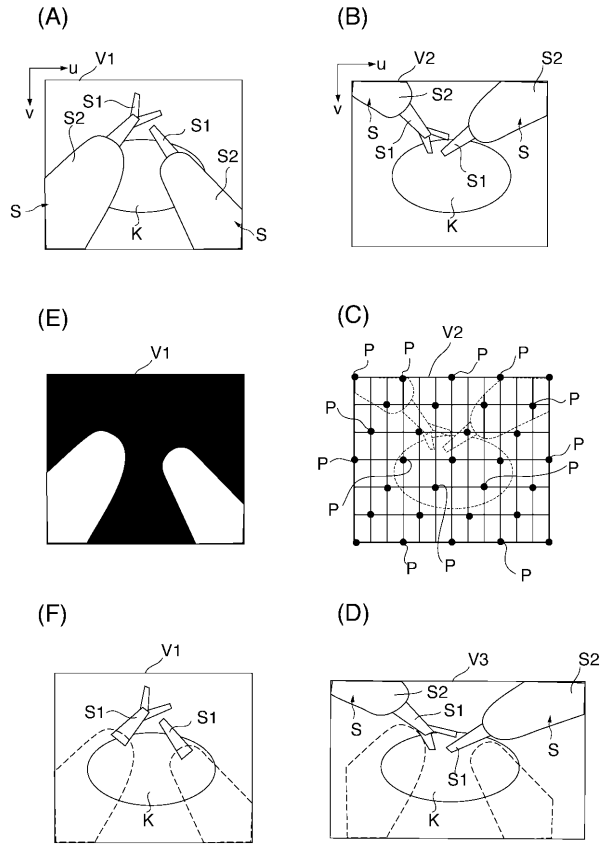
20

30

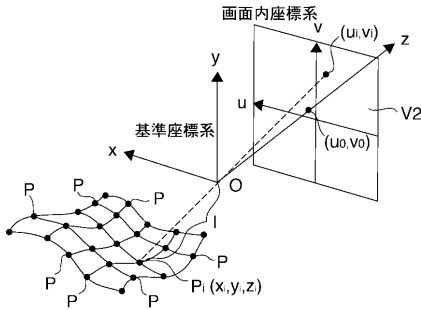
【 図 1 】



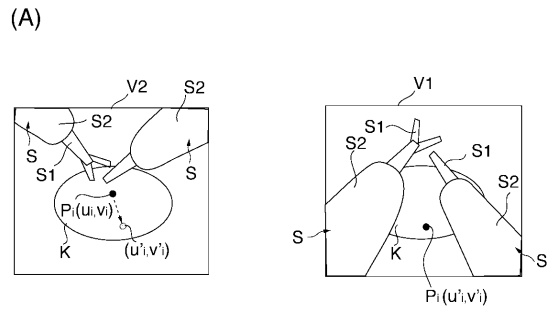
【 図 2 】



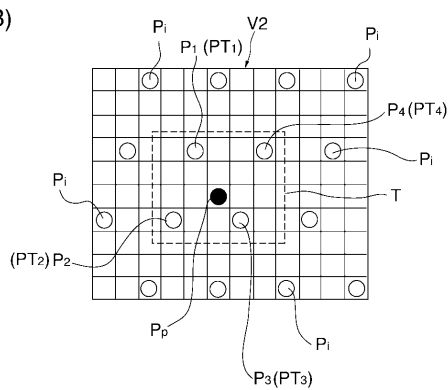
【 図 3 】



【 図 4 】



(B)



## 【手続補正書】

【提出日】平成26年9月8日(2014.9.8)

## 【手続補正1】

【補正対象書類名】特許請求の範囲

【補正対象項目名】請求項1

【補正方法】変更

## 【補正の内容】

## 【請求項1】

モニター対象となる対象空間が撮像された主画像を取得する主撮像装置と、  
当該主撮像装置とは別の視線方向から前記対象空間を撮像することで、前記主画像を補完するための補完用画像を取得する補完用撮像装置と、

前記対象空間に少なくとも3点以上設定された各設定点の3次元位置、並びに前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置のそれぞれの3次元位置に基づき、前記主画像の一部を前記補完用画像で補完する画像処理装置とを備え、

前記主撮像装置及び前記補完用撮像装置は、それぞれ移動しながら前記対象空間をほぼ同時に撮像可能に設けられ、

前記画像処理装置では、既知の形状を有する部材が前記対象空間とともに前記主画像に撮像されることにより、前記部材の奥側に隠れた前記対象空間の遮蔽領域の画像情報を、逐次検出される前記各3次元位置の情報を基に前記補完用画像から取得し、当該取得した画像情報を前記主画像内の前記部材の画像情報に対して置換若しくは重畳させることで、前記遮蔽領域を前記補完用画像で補完した合成画像を生成することを特徴とする画像内遮蔽領域の画像補完システム。

## 【 国際調査報告 】

INTERNATIONAL SEARCH REPORT		International application No. PCT/JP2013/057392
<b>A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER</b> A61B1/04(2006.01)i, A61B1/00(2006.01)i, G02B23/24(2006.01)i  According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC		
<b>B. FIELDS SEARCHED</b> Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols) A61B1/00-1/32, G02B23/24-23/26  Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched Jitsuyo Shinan Koho 1922-1996 Jitsuyo Shinan Toroku Koho 1996-2013 Kokai Jitsuyo Shinan Koho 1971-2013 Toroku Jitsuyo Shinan Koho 1994-2013  Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practicable, search terms used) JSTPlus/JMEDPlus/JST7580 (JDreamIII), WPI		
<b>C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT</b>		
Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	WO 2011/118287 A1 (Olympus Corp.), 29 September 2011 (29.09.2011), entire text; all drawings & US 2013/0002844 A1 & EP 2550909 A & CN 102802498 A	1-7
A	WO 2011/114731 A1 (Fujifilm Corp.), 22 September 2011 (22.09.2011), entire text; all drawings & JP 2011-193885 A & US 2012/0327186 A1 & EP 2548495 A & CN 102811655 A	1-7
A	JP 2005-21353 A (Olympus Corp.), 27 January 2005 (27.01.2005), entire text; all drawings (Family: none)	1-7
<input checked="" type="checkbox"/> Further documents are listed in the continuation of Box C. <input type="checkbox"/> See patent family annex.		
* Special categories of cited documents: "A" document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance "E" earlier application or patent but published on or after the international filing date "L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified) "O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means "P" document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed "T" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention "X" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art "&" document member of the same patent family		
Date of the actual completion of the international search 30 May, 2013 (30.05.13)		Date of mailing of the international search report 11 June, 2013 (11.06.13)
Name and mailing address of the ISA/ Japanese Patent Office		Authorized officer
Facsimile No.		Telephone No.

## INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP2013/057392

C (Continuation). DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT		
Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	JP 2006-198032 A (Olympus Corp.), 03 August 2006 (03.08.2006), entire text; all drawings (Family: none)	1-7
A	JP 2007-152027 A (Waseda University), 21 June 2007 (21.06.2007), entire text; all drawings (Family: none)	1-7

国際調査報告		国際出願番号 PCT/JP2013/057392									
A. 発明の属する分野の分類 (国際特許分類 (IPC)) Int.Cl. A61B1/04(2006.01)i, A61B1/00(2006.01)i, G02B23/24(2006.01)i											
B. 調査を行った分野 調査を行った最小限資料 (国際特許分類 (IPC)) Int.Cl. A61B1/00 - 1/32, G02B23/24 - 23/26											
最小限資料以外の資料で調査を行った分野に含まれるもの <table border="0"> <tr> <td>日本国実用新案公報</td> <td>1922-1996年</td> </tr> <tr> <td>日本国公開実用新案公報</td> <td>1971-2013年</td> </tr> <tr> <td>日本国実用新案登録公報</td> <td>1996-2013年</td> </tr> <tr> <td>日本国登録実用新案公報</td> <td>1994-2013年</td> </tr> </table>				日本国実用新案公報	1922-1996年	日本国公開実用新案公報	1971-2013年	日本国実用新案登録公報	1996-2013年	日本国登録実用新案公報	1994-2013年
日本国実用新案公報	1922-1996年										
日本国公開実用新案公報	1971-2013年										
日本国実用新案登録公報	1996-2013年										
日本国登録実用新案公報	1994-2013年										
国際調査で使用了電子データベース (データベースの名称、調査に使用了用語) JSTPlus/JMEDPlus/JST7580 (JDreamIII) WPI											
C. 関連すると認められる文献											
引用文献の カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	関連する 請求項の番号									
A	WO 2011/118287 A1 (オリンパス株式会社) 2011.09.29, 全文全図 & US 2013/0002844 A1 & EP 2550909 A & CN 102802498 A	1-7									
A	WO 2011/114731 A1 (富士フイルム株式会社) 2011.09.22, 全文全図 & JP 2011-193885 A & US 2012/0327186 A1 & EP 2548495 A & CN 102811655 A	1-7									
<input checked="" type="checkbox"/> C欄の続きにも文献が列挙されている。 <input type="checkbox"/> パテントファミリーに関する別紙を参照。											
* 引用文献のカテゴリー		の日の後に公表された文献									
「A」特に関連のある文献ではなく、一般的技術水準を示すもの		「T」国際出願日又は優先日後に公表された文献であって出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論の理解のために引用するもの									
「E」国際出願日前の出願または特許であるが、国際出願日以後に公表されたもの		「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明の新規性又は進歩性がないと考えられるもの									
「L」優先権主張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行日若しくは他の特別な理由を確立するために引用する文献 (理由を付す)		「Y」特に関連のある文献であって、当該文献と他の1以上の文献との、当業者にとって自明である組合せによって進歩性がないと考えられるもの									
「O」口頭による開示、使用、展示等に言及する文献		「&」同一パテントファミリー文献									
「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願											
国際調査を完了した日 30.05.2013		国際調査報告の発送日 11.06.2013									
国際調査機関の名称及びあて先 日本国特許庁 (ISA/J P) 郵便番号100-8915 東京都千代田区霞が関三丁目4番3号		特許庁審査官 (権限のある職員) 渡▲辺▼ 純也	2Q 3606								
		電話番号 03-3581-1101	内線 3292								

国際調査報告		国際出願番号 PCT/J P 2 0 1 3 / 0 5 7 3 9 2
C (続き) . 関連すると認められる文献		
引用文献の カテゴリ*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	関連する 請求項の番号
A	JP 2005-21353 A (オリンパス株式会社) 2005.01.27, 全文全図 (ファミリーなし)	1-7
A	JP 2006-198032 A (オリンパス株式会社) 2006.08.03, 全文全図 (ファミリーなし)	1-7
A	JP 2007-152027 A (学校法人早稲田大学) 2007.06.21, 全文全図 (ファミリーなし)	1-7

## フロントページの続き

(81) 指定国 AP(BW, GH, GM, KE, LR, LS, MW, MZ, NA, RW, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), EA(AM, AZ, BY, KG, KZ, RU, TJ, TM), EP(AL, AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HR, HU, IE, IS, IT, LT, LU, LV, MC, MK, MT, NL, NO, PL, PT, RO, RS, SE, SI, SK, SM, TR), OA(BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG), AE, AG, AL, AM, AO, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BH, BN, BR, BW, BY, BZ, CA, CH, CL, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DO, DZ, EC, EE, EG, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, GT, HN, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KM, KN, KP, KR, KZ, LA, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LY, MA, MD, ME, MG, MK, MN, MW, MX, MY, MZ, NA, NG, NI, NO, NZ, OM, PA, PE, PG, PH, PL, PT, QA, RO, RS, RU, RW, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SM, ST, SV, SY, TH, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC

(72) 発明者 川村 和也

東京都新宿区戸塚町1丁目104番地 学校法人早稲田大学内

(72) 発明者 瀬能 洸冬

東京都新宿区戸塚町1丁目104番地 学校法人早稲田大学内

(72) 発明者 西尾 祐也

東京都新宿区戸塚町1丁目104番地 学校法人早稲田大学内

(72) 発明者 橋爪 誠

福岡県福岡市東区箱崎六丁目10番1号 国立大学法人九州大学内

(72) 発明者 家入 里志

福岡県福岡市東区箱崎六丁目10番1号 国立大学法人九州大学内

(72) 発明者 豊田 和孝

福岡県福岡市東区箱崎六丁目10番1号 国立大学法人九州大学内

Fターム(参考) 2H040 BA04 BA06 GA02 GA06 GA11

4C161 BB06 CC06 GG22 HH52 HH55 HH56 JJ11 JJ17 LL01 NN01

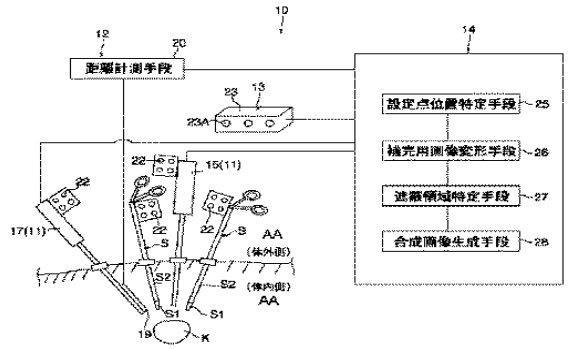
PP12 RR06 RR22 TT07 WW02 WW04 WW13

(注) この公表は、国際事務局(WIPO)により国際公開された公報を基に作成したものである。なおこの公表に係る日本語特許出願(日本語実用新案登録出願)の国際公開の効果は、特許法第184条の10第1項(実用新案法第48条の13第2項)により生ずるものであり、本掲載とは関係ありません。

专利名称(译)	图像屏蔽区域中的图像补充系统，图像处理装置及其程序		
公开(公告)号	<a href="#">JPWO2013141155A1</a>	公开(公告)日	2015-08-03
申请号	JP2014506196	申请日	2013-03-15
[标]申请(专利权)人(译)	学校法人早稻田大学 国立大学法人九州大学		
申请(专利权)人(译)	学校法人早稻田大学 国立大学法人九州大学		
[标]发明人	藤江正克 小林洋 川村和也 瀬能洸冬 西尾祐也 橋爪誠 家入里志 豊田和孝		
发明人	藤江 正克 小林 洋 川村 和也 瀬能 洸冬 西尾 祐也 橋爪 誠 家入 里志 豊田 和孝		
IPC分类号	A61B1/04 A61B1/00 G02B23/24		
CPC分类号	A61B1/00009 A61B1/0005 A61B1/018 A61B1/313 A61B90/37 A61B2034/2055 A61B2090/365 G02B23/2415 G02B23/2484 G06T7/33 G06T2207/10012 G06T2207/10048 G06T2207/10068 G06T2207/20221 G06T2207/30004 G06T2207/30208 G06T2207/10016 G06T2207/10021 G06T2207/10028		
FI分类号	A61B1/04.370 A61B1/00.300.D A61B1/00.300.E G02B23/24.B		
F-TERM分类号	2H040/BA04 2H040/BA06 2H040/GA02 2H040/GA06 2H040/GA11 4C161/BB06 4C161/CC06 4C161/GG22 4C161/HH52 4C161/HH55 4C161/HH56 4C161/JJ11 4C161/JJ17 4C161/LL01 4C161/NN01 4C161/PP12 4C161/RR06 4C161/RR22 4C161/TT07 4C161/WW02 4C161/WW04 4C161/WW13		
优先权	2012061285 2012-03-17 JP		
其他公开文献	JP6083103B2		
外部链接	<a href="#">Espacenet</a>		

#### 摘要(译)

图像补充系统10通过捕获手术视野内窥镜16来对手术视野图像V1进行补充，该手术视野内窥镜16从与手术视野内窥镜16不同的视线方向获取成像有目标空间的手术视野图像V1和目标空间。用于获取互补图像V2的互补内窥镜17，用于测量每个参考点与目标空间中的多个设定点之间的距离的距离测量装置12以及内窥镜16、17 三维位置测量装置13，用于测量手术器械S的三维位置，并根据测量结果将手术器械S与目标空间一起成像在手术视野图像V1中，以便将目标隐藏在手术器械S的后面 提供一种图像处理装置(14)，其从补充图像(V2)获取空间的遮蔽区域的图像信息，并且将所获取的图像信息与手术器械S的图像信息替换或叠加在手术视野图像(V1)中。



- 20 Distance measuring means
- 25 Set point position identifying means
- 26 Completing image deforming means
- 27 Cut-off region identifying means
- 28 Composite image generating means
- AA Outside the body/inside the body