科学研究費助成事業 研究成果報告書



平成 27 年 6 月 24 日現在

機関番号: 1 2 4 0 1 研究種目: 若手研究(B) 研究期間: 2013~2014

課題番号: 25730163

研究課題名(和文)片麻痺患者の協調運動機能の回復と獲得を支援する装着型ロボットの開発

研究課題名(英文)Wearable robots assisiting to acuquire the coordinated motions of stroke patients

研究代表者

尾形 邦裕 (OGATA, Kunihiro)

埼玉大学・理工学研究科・非常勤研究員

研究者番号:40641436

交付決定額(研究期間全体):(直接経費) 3,200,000円

研究成果の概要(和文):脳の障害によって身体に麻痺を持つ場合,リハビリテーションによる運動機能獲得が重要となる.そこで,これをロボット工学の技術によって支援することを目指す.本研究では装着型のロボットを開発し,運動誘導に関する基礎的な検討を行い,上肢の運動誘導が可能であることを確かめた.下肢及び全身では赤外線を利用したカメラを用いることで足裏にかかる反力を推定し,可視化する技術を開発し,その有効性を確認した.

研究成果の概要(英文): When the patients have paralysis because of cerebral stroke or brain infarct, the acquiring motion functions by the rehabilitation is important. Then, the purpose of this study is to assist the rehabilitation using robotics technologies. In this study, wearable robot was developed to consider inducting motions, and the effectiveness of the inducting motions of upper limb was confirmed. The rehabilitation assisting system that calculates and visualizes the floor reaction forces of each foot using color-depth sensor, the effectiveness of the system was confirmed.

研究分野: ロボット工学

キーワード: スキル獲得支援 リハビリテーション支援 装着型デバイス 可視化技術

1.研究開始当初の背景

厚生労働省による平成 22 年度国民生活基礎調査報告書によると,介護が必要になった原因の1位は脳血管疾患(脳卒中)(21.5%)であり,要介護度5 の要介護認定者の30.8%は高齢脳卒中が原因であることが分かっている.脳卒中患者は後遺症を残すことが多く片麻痺などの運動機能障害,言語障害や視覚障害などの高次脳機能障害などが挙げられる.運動機能障害を放置することで高齢者が寝たきりとなり,介護の負担が増大し,在宅介護者の Quality of Life(QOL) の低下が指摘されている.

2.研究の目的

本研究では片麻痺患者の運動リハビリテーションにおいて,各患者に適応した複雑な協調動作を教示可能な装着型のロボットシステムの開発とその運動支援アルゴリズムの確立を目指す.特に,使用者の随意運動の回復を促すために,パワーアシストよりも運動誘導の実現を目指す.

ここで,運動提示方法として大きく2つの方法が考えられる.1つは力覚を提示する方法,もう1つは視覚によって提示する方法である.本研究では,それぞれの方法について基礎的な検討を行った.

3.研究の方法

2 種類の運動誘導手法について説明をする. 1つ目は力覚による提示,2つ目は視覚による提示である.

(1) 力覚提示

装着型ロボットによる力覚提示

訓練者が随意に運動を回復させるために, セラピストは訓練者が任意の運動が可能に なるように誘導を行う.この誘導は力任せに 訓練者の身体を動かすのではなく,弱い力で 指示を与えるものである.これをロボットに

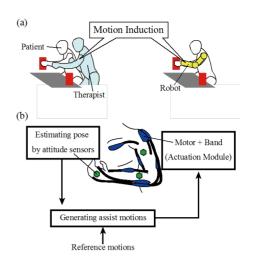


図1 研究の概要

おいて再現することを目指す.図1にこの概要を示す.

従来までのリハビリテーションロボットはヒンジジョイントによって構成されているが,人の身体はロボットのような単純なヒンジ構造ではない.人の身体は多数の筋肉で構成された筋骨格系である.本研究では、人の筋骨格系を模擬し,力覚提示が可能な方法としてワイヤー駆動を採用する.

健駆動モデルによる力覚提示

任意の姿勢を目標として,装着者に運動を 提示するアルゴリズムについて説明する.本 節では特に上肢に着目する.

運動を誘導する際に,手先の位置や姿勢だけではなく,上腕の姿勢なども重要である場合がある.そこで,手先の位置と姿勢,肘の位置や姿勢を目標として力覚提示のコマンドを決定する.それぞれの目標値と実際の手先や肘の位置と姿勢の誤差を用いるが,訓練動作や訓練者の様態に合わせる必要がある.そこで,目標値と実際の値の誤差に重みをかけることで,力覚提示のコマンドが調整できるようにする.

上記の方法によって,目標値と実際の値の 誤差を得ると,逆運動学計算によって各関節 角度を得る.この関節角度と筋張力ヤコビア ン[1]から各ワイヤーへの入力を決定する.

上肢力覚提示ロボットの開発

力覚提示を可能にする装着型ロボットを開発した.本ロボットはワイヤー(紐)の張力によって力覚提示を行う.このワイヤーに張力を与えるアクチュエータモジュール(図2)と装着者の姿勢を推定するセンサモジュール(図3)によって構成されている.

(a) Actuator Module (3D CAD) (b) Developed Actuator Module







図2 アクチュエータモジュール



Attitude Sensor Potentiometer (Acceleration sensor. gyroscope, magnetic sensor)

図3 センサモジュール

図 2 より各モーターモジュールには DC モ ーターが内蔵されており,ワイヤーを巻き取 ることで力覚提示を行う.また,図3よりセ ンサモジュールは腕に取り付け,姿勢センサ によって上腕の姿勢を推定し,ポテンショメ ータによって肘の角度を算出し,腕全体の姿 勢を推定する.姿勢センサには加速度センサ, 角速度センサ,地磁気センサが取り付けられ ており,これらのセンサ値に基づき上腕のオ イラー角を推定する[2].

下肢力覚提示ロボットの開発

片麻痺者は健足側の足裏に荷重が集中し やすいという問題がある、そこで左右の荷重 バランスを均一にするように運動を誘導す る装着型ロボットを開発した.アクチュエー タモジュールは上肢力覚提示ロボットと同 じものを使用し,ワイヤーの取り付け方を変 えた.左右の荷重バランスを調整するために, 下肢力覚提示ロボットでは圧力センサを用 いた、実装したロボットの全体構成を図4に 示す.

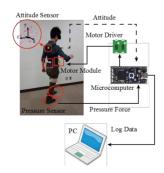


図4 下肢力覚提示ロボットの構成

下肢力覚提示ロボットは左右の足裏に取 り付けた圧力センサの値を互いに比較し,左

右差があると判断した場合,対応するモータ ーモジュールによって力覚提示を行う.但し, 歩行動作などでは左右の荷重が時々刻々と 変化する.そこで,荷重の積算値を計算し, これを比較することで,左右の荷重量の差を 評価する.また,体幹部の姿勢の変化を評価 するために,姿勢センサを体幹部に取り付け てある.

(2) 視覚提示

後述の 4.3 節で述べているように,下肢の 運動誘導において提案する力覚提示方法で は運動が誘導されない被験者が見られた.そ こで,視覚的に提示する方法を提案した.

ここでは,訓練者の身体情報を色距離画像 センサ(KINECT[3])によって取得する.取得 された身体情報は身体各部の関節の位置で あり,この情報と文献値をもとに全身の重心 の位置を算出する.この重心の位置から重心 加速度を算出し、足裏に働く力の代表点 (ZMP[4])を算出する.この ZMP と足部の位置 から足裏に働く荷重を推定する.

この各足裏の荷重値を視覚的に提示する ことで荷重値の偏りを改善し, 歩行訓練支援 に用いる.実装したシステムの構成を図5に 示す.

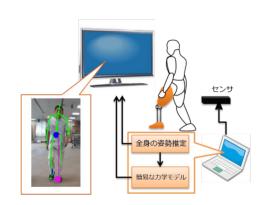


図 5 視覚提示システムの構成

図5に示すように,各足裏の荷重量は色付 きのバーで表され,バーが高い方では荷重量 が大きいことを意味している.これが左右均 等にするように訓練では指示を行う。

また、反力以外に目標姿勢を提示すること も可能である.ここでは訓練者の運動機能に 合わせて調整することが可能で,個々人に合 わせた訓練を実現している.

機器を装着する必要がないため、簡易的に 訓練を行うことが可能となる.また,片麻痺 者以外の疾患の訓練(片側下肢切断者など) にも応用が可能な技術である.

4.研究成果

(1) 力覚提示

シミュレーション実験

提案手法によって誘導が可能かどうかを

検証するためにシミュレーション実験を行った.目標動作として,肘を屈曲する動作,手を前に伸ばす(リーチング)動作を扱った. 肘の屈曲動作では目標角度を30度,60度,90度の3種類とした.実験結果を図6から図9に示す.

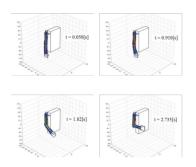


図 6 肘の屈曲動作

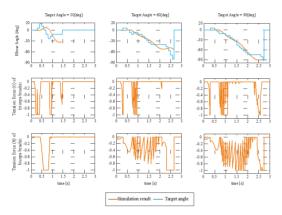


図7 屈曲動作の関節角度と ワイヤーへの入力

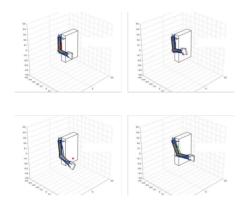


図8 リーチング動作

図7から過渡応答は見られるもののいずれの目標角度に対して収束していることが分かる.計算結果から,はじめに人の屈筋(上腕二頭筋)にあたるワイヤーが強く働き,終端では人の伸筋(上腕二頭筋)にあたるワイヤーがブレーキングとして働くことが分かる.図8と9から,リーチング動作において適切の関節が同時に動く場合において適切

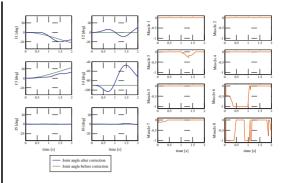


図9 リーチング動作の 関節角度とワイヤーへの入力

な修正がなされていることが分かる.また,動作生成に寄与しない手首は変化がなく,適切な関節に対してのみ運動誘導がなされていることが分かる.

実機による力覚提示実験

実機による実験では,簡易的に目標角度にから離れている場合に,任意のモーターモジュールが働くようにした.この実験では,肘の屈曲動作(目標角度 45 度,90 度),肩の外旋動作(目標角度 90 度),リーチング動作を扱った.被験者は健常な成人男性 5 名を対象とした.実験結果を図 10 に示す.

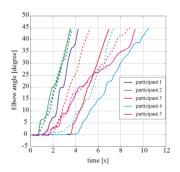


図 10 肘の屈曲動作の実験結果

肘の屈曲動作では全ての被験者において 運動誘導が実現できた.一方で,肩の外旋動 作やリーチング動作では十分に誘導できな い被験者も見られ,被験者間での差が見られ た.

下肢力覚提示実験

上肢と同様,下肢においても運動誘導が可能かどうかの検証実験を行った.健常成人男性4名を被験者として実験を行った.本稿ではそのうちの1名の実験データを記載した.

実験において,力覚提示する身体部位について2種類試した.1つは大腿への提示,もう1つは腰部への提示である.また,荷重の偏りを再現するために,2種類の姿勢(体幹屈曲,腰位置移動)を被験者に伝え,それを行ってもらった.その2種類の姿勢の状態でその場足踏みを行ってもらった.実験条件を表1に,実験結果を図11に示す.

表 1 下肢力覚提示実験の条件

No	姿勢	力覚提示する身体部位
7	体幹屈曲	大腿への提示
8	腰位置移動	大腿への提示
9	体幹屈曲	腰部への提示
10	腰位置移動	腰部への提示

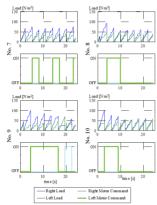


図 11 床反力とモーターへの

コマンド

腰位置移動によって荷重の偏りを再現した場合では,いずれの力覚提示する身体部位においても適切な運動誘導ができたことが分かる.一方で,体幹を屈曲させた姿勢においては過渡的な応答が見られた.このことから,体幹を屈曲させた場合においては力覚を感じにくいと考えられる.

また,本実験では被験者間でのバラつきが見られ,運動が誘導されない結果も見られた.このことから,力覚だけで全身の運動を誘導することが困難であると考えられる.

(2) 視覚提示

提案したアルゴリズムによって足裏の荷重量が推定可能かどうかの検証実験を行った.被験者は成人健常者6名を対象に行った.動作は静止立位,その場足踏み,歩行の3種類行った.ここでは,1名の被験者の足踏み動作の結果を図12に示す.本実験では推定結果を評価するために,光学式モーションキャプチャーシステム及びフォースプレートを使用した.

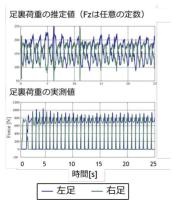


図 12 足裏荷重量の計算結果

図12より,実測値(フォースプレート)と推定値(提案手法)の各足裏の反力の軌道に違いは見られるものの,各足裏の荷重が増減するタイミングは一致していることが分かる.このような軌道の差異を人が短い時間で知覚できるとは考えづらく,タイミングが一致していれば十分といえる.このことから,視覚提示に用いる範囲においては,本提案手法による足裏の荷重量の推定は十分になされたと言える.

これまでの研究成果から,力覚提示での運動誘導について検証を行った.しかし,実験結果から力覚提示だけでは困難である場合が見られ,視覚提示による運動誘導についても検討を行った.視覚提示よる運動誘導では片側下肢切断者において訓練効果の有効性が示された.

< 引用文献 >

[1]Y. Nakamura, K. Yamane, Y. Fujita and I. Suzuki, "Somatosensory Computation for Man-Machine Interface from Motion Capture Data and Musculoskeletal Human Model," IEEE Transactions on Robotics, 2004.

[2]R. Zhu, D. Sun, Z. Zhou and D. Wang: \(\pm\)A linear fusion algorithm for attitude determination using low cost MEMS-based sensors, "Measurement, Vol.40, pp.322-328, 2007.

[3] J. Shotton, et al, Real-Time Human Pose Recognition in Parts from Single Depth Images, CVPR '11,pp. 1297-1304, 2011.
[4] M. Vukobratovic, et al, On the stability of anthropomorphic systems, Mathematical Biosciences, Mathematical Biosciences, vol. 15, pp. 1-37, 1972.

5. 主な発表論文等

[雑誌論文](計 1件)

<u>尾形邦裕</u>,國吉康夫:押し動作における 自他身体誘導スキルの計測と解析,日本ロ ボット学会誌, Vol.31, No.4, pp72-82, 2013 (査読あり).

[学会発表](計 6件)

Kunihiro Ogata and

Tomoyuki Yamamoto:

A Fundamental Study of Light and Flexible Wearable Robot Assisting to Recover Movement Functions, The 23rd IEEE Int. Symposium on Robot and Human Interactive Communication, pp.90-95, August, 25-29th,

Edinburgh (Scotland), 2014 (査読あり).

屋形邦裕,三田友記,清水健,山崎伸也:色距離画像センサを用いた床反力可視化による義足荷重訓練支援システム,生活生命支援医療福祉工学系学会連合大会2014,GS4-2,9/24-26,ルスツリゾート(北海道,虻田郡),2014.

<u>尾形邦裕</u>,山本知幸: 左右足裏の荷重 バランスを補正する装着型ロボットの力覚 提示に関する検討,ロボティクス・メカト ロニクス講演会 2014 in Toyama, 3P2-F04, 5/25-29,富山市総合体育館(富山県,富山市),2014.

<u>尾形邦裕</u>,山本知幸: 運動の獲得を支援する装着型ロボットに関する基礎研究, ロボティクス・メカトロニクス講演会 2013, 1A1-C12, 5/22-25, つくば国際会議場(茨城県, つくば市), 2013.

Kunihiro Ogata and

Tomoyuki Yamamoto: Light and Flexible Wearable Robots to Assist in the Recovery of Movement Functions, The 31st Annual Conference of the Robotics Society of Japan, 2S2-05, 9/4-6, 首都大学東京(東京都, 八王子市), 2013.

尾形邦裕,山本知幸: 運動の獲得を支援する装着型ロボットにおける力確提示方法の検討,第31回日本ロボット学会学術講演会,3F1-04,9/4-6,首都大学東京(東京都,八王子市),2013.

[図書](計 0件)

〔産業財産権〕 出願状況(計 0件)

取得状況(計 0件)

[その他]

6 . 研究組織 研究代表者

尾形 邦裕 (OGATA, Kunihiro)

埼玉大学・大学院理工学研究科・非常勤研究 _目

研究者番号: 40641436