# 東京農工大学 工学府 情報工学専攻 2018 年度 修士 2 年 中間発表 手指使用量の常時計測のためのウェアラブルデバイスの開発

### 1 背景

脳卒中麻痺リハビリテーションの目標は、食事、更衣、入浴などの日常生活動作ができるよう に患者の麻痺肢機能を改善することである、麻痺肢機能の改善を促進する介入方法を評価するた めには、介入後の日常生活において、患者の麻痺肢使用量が実際に増えたか否かについて、リハ ビリテーションの効果を定量的に測る手法が必要である.しかしながら、病院やリハビリ施設で 実施する検査では、質問紙やヒアリングによる調査が主体であり、日常生活における麻痺肢使用 量を正確に評価することができない.例えば,片上肢麻痺患者の日常生活上での麻痺肢使用量を 測る標準的手法として Motor Activity Log(MAL)[6],[8] と Accelerometry がある.MAL は,医師 が患者に対し、麻痺肢使用の量と質について直接問う、質問形式の手法であり、測定結果が患者 の認知レベルによる影響や主観的影響を受ける問題がある。そのため、客観的な測定手法が必要 である[4]. また, Accelerometry[2],[5] は, 加速度計が埋め込まれた腕時計型のウェアラブルデバ イスで上肢の使用量を測る手法である. Accelerometry は麻痺肢の手首に装着することで、麻痺肢 の使用量を測定する手法である. データ記録装置とバッテリーが内蔵されているため, 麻痺肢使 用量の常時計測に向いている [10]. しかし,この手法で計測される加速度データはノイズを多く 含み、信頼性の高いデータを得ることができない.加速度データに混入するノイズは、測定され た加速度が所定の時間内に、閾値を超える場合にのみ、麻痺肢使用のスコアを増加するといった 手法の閾値フィルタを用いて低減することができる. このアプローチによって得られたスコアは日 常生活において、腕を動かした時間と高い相関を持つことが示されている。しかし、閾値フィル タを使用したノイズ低減を行った場合、加速度が閾値に達しない小さな手の動きが見落とされる 可能性がある、また、加速度計が手首に装着されているため、手首や手の精密な動きを計測でき ない問題がある. これらの理由から、Accelerometry は指の使用量の測定には向かない[7].

研究レベルでは Data glove や Goniometer, Motion capture system[1],[9] を手首や手の使用量を測定するために使用する.しかしながら、これらの手法は指の動きの阻害、空間的な制限といった問題があるため、日常生活における長時間の常時計測には向いていない.さらに、磁力計と磁石の指輪を用いて指の使用量を測定する Manumeter[3] や、手の甲の皮膚の皺によって、ジェスチャを識別する Behind The Palm[11] といった手法が発表されているが、依然として指の使用量を測定する手法は確立していない.本研究では、日常生活下の上肢片麻痺患者の麻痺肢使用、特に指の使用量を測る手法を提案し、手指使用量の常時測定のためのウェアラブルデバイスの開発を目的とする.

### 2 方法

#### 2.1 原理

本研究の手指使用量の測定手法は、指の関節角度の変化が、指の使用量を反映するという仮定に基づく。関節角度の変化の推定には、ウェアラブルデバイスに搭載された赤外線距離センサを用いる。本デバイスは指の基節に装着して使用し、赤外線距離センサで、デバイスから中節までの距離を常時計測する。式 2.1 の関数を用い、測定された距離を指の関節角度に変換し、指の使用量を測る。距離を角度変換する模式図を図 2.1 に示す。

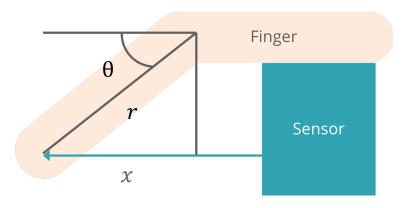


図 2.1: 関節角度推定原理

$$\theta = \cos^{-1}\frac{x}{r} \tag{2.1}$$

ここで、r は第二関節から指先までの長さ、x は屈曲時からの変化距離、 $\theta$  は伸展時からの変化角度である.

### 2.2 ハードウェア

本デバイスは LED(Osram SFH4550) とフォトトランジスタセンサ (Honeywell SD5410) で構成された赤外線距離センサを用いた指輪型のセンシング部と,手首に取り付けるデータ記録部から成るウェアラブルデバイスである. 試作品を図 2.2 に示す.データ記録のため,マイコン基盤 (Adafruit Faether M0) と 32GB の SDcard を使用する.また,デバイスの電源として 3.7V,900mAh のリポバッテリーを利用し,これにより 24 時間以上の電源供給が可能である.





[1] 外観

[2] 装着時

図 2.2: 試作したウェアラブルデバイス

本デバイスの指輪型の装着部分及び、バッテリーとマイコン基盤を収納するためのケースを 3DCAD(Fusion 360) で設計し、3D プリンタ (Dimension 1200es) で印刷し作成した。また、装着 時のセンサーのズレによる影響を小さくするために、指輪部分の試作を複数回行なった。指輪部分の 3DCAD 図を図 2.3 にケースの 3DCAD 図を図 2.4 に示す。



[1] 第一試作



[2] 第二試作



[3] 第三試作



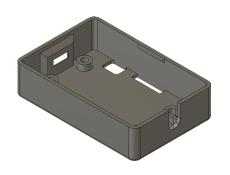
[4] 第四試作

図 2.3: 指輪部分の 3DCAD 図

複数の試作の内,図 2.3[4] の 3DCAD 設計を本デバイスに採用した.



[1] 天板あり



[2] 天板なし

図 2.4: ケース部分の 3DCAD 図

#### 2.3 キャリブレーション

赤外線距離センサは物体に反射し、フォトトランジスタで受光した赤外線の強さを計測することで、距離を計測する。しかし、同じ距離であっても赤外線が反射する物体によっては、違う受光量となる場合がある。これは物体によって光の反射率が違い、同じ距離でも、フォトトランジスタで受け取る受光量が違ってくるためである。つまり、人によって、指の長さや皮膚の色が違うため、同じセンサ値であっても、本来の距離が変わってくる問題がある。この問題を解決するために、被験者毎に皮膚の反射率を調べることが望ましいが、本システムは日常生活での使用を目的としており、キャリブレーション自体が簡単であることが求められる。そのため、本システムでは計測される距離と受光量の関係を求め、簡単にキャリブレーションが可能な方法を提案する。キャリブレーションには以下の3つのパラメータを用いる。

- デバイスを装着する指の長さ
- 指伸展時のセンサ情報
- 指屈曲時のセンサ情報

#### 3 結果

#### 3.1 予備実験: ジェスチャ識別

予備実験として健常者を対象に、本システムのジェスチャの認識精度を調査した。この実験の際は、LED(Osram SFH4550) とフォトトランジスタセンサ (Honeywell SD5410) の代わりに、赤外線距離センサ (qtr-1a) を 2 つ使用し、図 3.1 の位置に取り付けた.

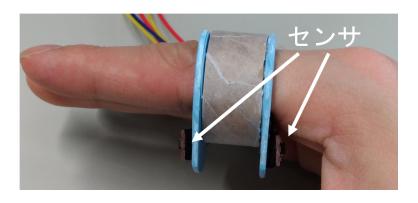


図 3.1: センサ取り付け位置

手指を閉じた状態,開いた状態,示指と母指で輪を作った状態,計 3つのジェスチャを指示し被験者に行ってもらった.ジェスチャの種類を図 3.2 に示す.被験者は椅子に座った状態で,本デバイスを装着した手でジェスチャを行った.一つのジェスチャを 5 秒間保持してもらい,その時のセンサーデータを収集した.5 秒間のセンサーデータを時間で平均したセンサ値をジェスチャ識別のために利用した.また,センサデータは各ジェスチャにつき 60 回記録し,五人の被験者センサデータを収集した.センシングの際のサンプルレートは 100Hz とした.合計で一人につき 180データ (60 データ  $\times 3$  ジェスチャ)を収集した.

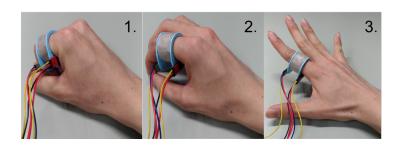


図 3.2: ジェスチャの種類

3つのジェスチャを識別するため、1対1分類法、線形 Support Vector Machine を用いた. 5人すべて、900 データ (180 データ  $\times 5$  人) をジェスチャごとにラベル分けし、ジェスチャ識別に利用した. これらのデータの内、各ラベルに対し、データの80%をトレーニングデータ、20%をテストデータとした.

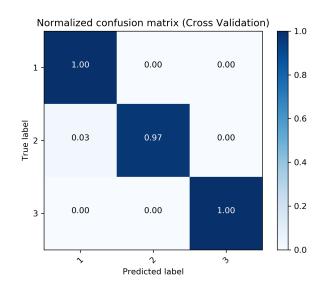


図 3.3: 全ての被験者のデータを5分割交差検証した結果

図 3.3 より、ジェスチャ 1 と 3 を 100%の正解率で認識することが可能であることが分かった。 5 分割交差検証を行った結果、ジェスチャの平均正解率は 98.9%、分散 3.9%であった。結果から本手法により 3 つのジェスチャの識別が可能であることが示唆された。

#### 3.2 関節角度推定(予定)

本システムによって推定された関節角度の精度を調査する。被験者の第二指に本デバイスを装着し、ピンチインとピンチアウトをそれぞれ 10 回ずつ行ってもらう。計測時間は 1 セット 30 秒間で、センサのサンプルレートは 10Hz とする。以上の条件のもと、一人の被験者に 10 セットタスクを行なってもらう。その時、関節角度の正解データとして、OpenCV のカラーマーカーを用

いた関節角度の計測を行う. また, 精度の評価には Mean Absolute Error(MAE) を用いる.

$$MAE = \frac{1}{n} \sum_{k=1}^{n} |f_i - y_i|$$
 (3.1)

ここで  $f_i$  と  $y_i$  はそれぞれ時間 i のときの本システムによる推定関節角度と OpenCV による関節角度の計測値である.

## 4 修士論文構成案

以下に修士論文文章構成案を示す.

- 第1章 序論
  - 1.1 背景
  - 1.3 先行研究の紹介
  - 1.2 論文の構成
- 第2章 原理
  - 2.2 本研究の目的
- 第3章 実験設定
- 第4章 実験結果
- 第5章 考察
- 第6章 まとめ
  - 6.1 まとめ
  - 6.2 今後の展望

謝辞

参考文献

# 参考文献

- [1] ND Binh and T Ejima. Real-Time Hand Gesture Recognition Using. *Hand, The*, Vol. 2014, pp. 820–824, 2014.
- [2] Kong Y. Chen and David R. Bassett. The technology of accelerometry-based activity monitors: Current and future. *Medicine and Science in Sports and Exercise*, Vol. 37, No. 11 SUPPL., 2005.
- [3] Nizan Friedman, Justin B. Rowe, David J. Reinkensmeyer, and Mark Bachman. The manumeter: a wearable device for monitoring daily use of the wrist and fingers. *IEEE journal of biomedical and health informatics*, Vol. 18, No. 6, pp. 1804–1812, 2014.
- [4] Kathryn S. Hayward, Janice J. Eng, Lara A. Boyd, Bimal Lakhani, Julie Bernhardt, and Catherine E. Lang. Exploring the Role of Accelerometers in the Measurement of Real World Upper-Limb Use After Stroke. *Brain Impairment*, Vol. 17, No. 01, pp. 16–33, 2016.

- [5] Kathryn S. Hayward, Janice J. Eng, Lara A. Boyd, Bimal Lakhani, Julie Bernhardt, and Catherine E. Lang. Exploring the Role of Accelerometers in the Measurement of Real World Upper-Limb Use after Stroke. *Brain Impairment*, Vol. 17, No. 1, pp. 16–33, 2016.
- [6] E Taub, G Uswatte, V W Mark, and D M M Morris. The learned nonuse phenomenon: implications for rehabilitation. *Europa medicophysica*, Vol. 42, No. 3, pp. 241–56, 2006.
- [7] G. Uswatte, W. H. R. Miltner, B. Foo, M. Varma, S. Moran, and E. Taub. Objective Measurement of Functional Upper-Extremity Movement Using Accelerometer Recordings Transformed With a Threshold Filter. *Stroke*, Vol. 31, No. 3, pp. 662–667, 2000.
- [8] Gitendra Uswatte, Edward Taub, David Morris, Mary Vignolo, and Karen McCulloch. Reliability and validity of the upper-extremity motor activity log-14 for measuring real-world arm use. *Stroke*, Vol. 36, No. 11, pp. 2493–2496, 2005.
- [9] Markus Valtin, Christina Salchow, Thomas Seel, Daniel Laidig, and Thomas Schauer. Modular finger and hand motion capturing system based on inertial and magnetic sensors. Vol. 3, No. 1, pp. 19–23, 2017.
- [10] Sanne C. Van Der Pas, Jeanine A. Verbunt, Dorien E. Breukelaar, Rachma Van Woerden, and Henk A. Seelen. Assessment of arm activity using triaxial accelerometry in patients with a stroke. Archives of Physical Medicine and Rehabilitation, Vol. 92, No. 9, pp. 1437–1442, 2011.
- [11] Takashi Kikuchi Yuta Sugiura, Fumihiko Nakamura, Wataru Kawai and Maki Sugimoto. Hand Gesture Recognition through Measuring Skin Deformation on Back Hand by Optical Sensors. Vol. 12, No. 17, pp. 12–13, 2017.