Raport z laboratorium przedmiotu Informatyka w Medycynie Projekt tomografu

Ivan Kaliadzich 153936, Mikołaj Diakowski 151843

24 marca 2024

1 Zastosowany model tomografu

W projekcie zdecydowaliśmy się na zastosowanie modelu tomografu stożkowego.

2 Zastosowany język programowania wraz z bibliotekami

W projekcie użyliśmy języka Python jako świetnego narzędzia do obliczeń i przetwarzania obrazów. Wykorzystaliśmy następujące biblioteki:

- imageio do wczytywania obrazów
- ipywidgets do tworzenia interaktywnych elementów
- numpy do operacji matematycznych
- pydicom do wczytywania obrazów w formacie DICOM
- matplotlib do rysowania wykresów
- scipy do przetwarzania sygnałów
- skimage do przetwarzania obrazów

3 Opis głównych funkcji programu

3.1 Pozyskiwanie odczytów dla poszczególnych detektorów

Fragment kodu:

```
def picture2sinogram(picture, width, detector_amount, alpha):
    centre_of_image = [int(picture.shape[1]/2), int(picture.shape[0]/2)]
    r = min(centre_of_image[0], centre_of_image[1])
    print(centre_of_image)

sinogram = []
lines = []

# poruszaj emiterem 360/n razy o k t alpha i zbierz pr bki promieni.
for i in range(0, 360, alpha):
    sinogram.append([])
```

```
lines.append([])
for detector in range(0, detector_amount):
    x0 = r * np.cos(i * np.pi / 180)
   y0 = r * np.sin(i * np.pi / 180)
   x1 = r * np.cos((i + 180 - (width / 2) + detector * (width / (
       detector\ amount - 1))) * np.pi / 180)
   y1 = r * np.sin((i + 180 - (width / 2) + detector * (width / (
       detector\ amount - 1))) * np.pi / 180)
   x0 = int(x0) + np.floor(centre of image[1])
   x1 = int(x1) + np.floor(centre_of_image[1])
   y0 = int(y0) + np.floor(centre_of_image[0])
   y1 = int(y1) + np.floor(centre_of_image[0])
    line = bresenham line(x0, y0, x1, y1)
    pixel = change brightness(picture, line)
    sinogram[-1].append(pixel)
    lines[-1].append([x0, y0, x1, y1])
```

return sinogram, lines

Funkcja ta przeprowadza transformację Radona na obrazie wejściowym. Algorytm ten pozwala jednocześnie na uśrednienie jasności punktów obrazu wynikowego, a także na jego normalizację. Warto zauważyć, że funkcja ta zwraca również listę linii, które są używane do rysowania obrazu wynikowego.

3.2 Filtracja sinogramu i zastosowany rozmiar maski

```
# maska jednowymiarowa
mask_size = math.floor(detectors / 2)
mask = np.zeros(mask_size)
center = math.floor(mask_size / 2)
for i in range(0, mask_size, 1):
    k = i - center
    if k % 2 != 0:
        mask[i] = (-4 / np.pi ** 2) / k ** 2
mask[center] = 1
return mask
```

Funkcja filtering_sinogram przeprowadza filtrację sinogramu. Warto zauważyć, że funkcja ta wykorzystuje funkcję do_mask, która zwraca maskę filtrującą. Maskę wykonaliśmy dla połowy detektorów, co pozwala na zastosowanie filtracji w dziedzinie częstotliwości.

3.3 Ustalanie jasności poszczególnych punktów obrazu wynikowego oraz jego przetwarzanie końcowe

```
def back projection(picture, sinogram, lines, filtr):
    projection = []
    if filtr:
        sinogram = filtering sinogram(sinogram)
    picture shape = np.shape(picture)
    width = picture shape[0]
    height = picture shape[1]
    sinogram shape = np.shape(sinogram)
    number of projections = sinogram shape[0]
    number of detectors = sinogram shape[1]
    # dane do tworzenia gifa i statystyk
    images = []
    iterator = 0
    # dane do rekonstrukcji zdjŹcia
    reconstructed = np.zeros(shape=picture shape)
    helper = np.zeros(shape=picture shape)
    # rekonstrukcja zdjŹcia
    for projection in range(0, number of projections, 1):
        for detector in range(0, number of detectors, 1):
            x0, y0, x1, y1 = lines[projection][detector]
            line = bresenham_line(x0, y0, x1, y1)
            value = sinogram[projection][detector]
            for i in range(0, len(line), 1):
                x, y = line[i]
                if 0 \le x \le \text{width} and 0 \le y \le \text{height}:
                     reconstructed_[int(x)][int(y)] += value
                    helper[int(x)][int(y)] += 1
        images.append(reconstructed .copy())
    return reconstructed , images
```

```
def scale_brightness(image1):
    return rescale_intensity(image1, out_range=(0, 1))
```

Funkcja back_projection przeprowadza odwrotną projekcję na obrazie wynikowym. Warto zauważyć, że funkcja ta zwraca również listę obrazów, które są używane do stworzenia animacji. Funkcja scale_brightness służy do skalowania jasności obrazu wynikowego. Wykorzystywana ona jest do tworzenia statystyk.

3.4 Wyznaczanie wartości miary RMSE na podstawie obrazu źródłowego oraz wynikowego

```
sinogram_without_filter, lines_without_filter = picture2sinogram(
    original_image, width, detector_amount, alpha)
constr_without_filter, = back_projection(original_image,
        sinogram_without_filter, lines_without_filter, False)
scale_brightness(constr_without_filter)
print(f"Mean_squared_error_dla_obrazu_bez_filtrowania:_{math.sqrt(
        mean_squared_error(original_image,_constr_without_filter))}")
```

Funkcja mean_squared_error zwraca wartość miary MSE dla obrazu wynikowego oraz obrazu źródłowego.

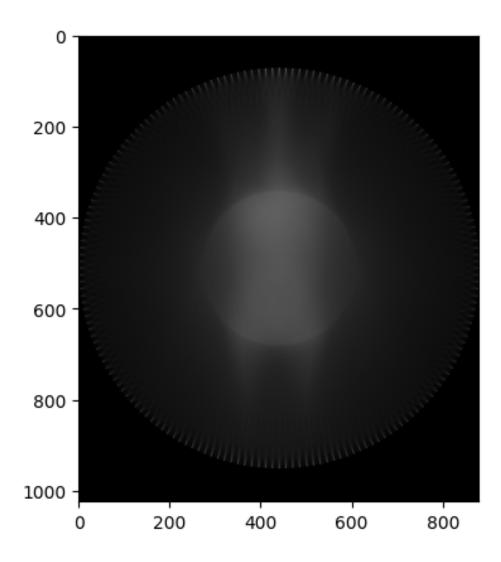
3.5 Odczyt i zapis plików DICOM

```
import pydicom
import pydicom. storage sopclass uids
def create_dicom(name_patient, date_patient, commentary patient):
    global reconstructed
    photo dcm = (reconstructed).astype(np.uint16)
    meta = pydicom. Dataset()
    meta. MediaStorageSOPClassUID = pydicom. storage sopclass uids.
       MRImageStorage
    meta. MediaStorageSOPInstanceUID = pydicom.uid.generate uid()
    meta. TransferSyntaxUID = pydicom.uid. ExplicitVRLittleEndian
    Data = pydicom. Dataset()
    Data.file_meta = meta
    Data.is little endian = True
    Data.is implicit VR = False
    Data.SOPClassUID = pydicom. storage sopclass uids.MRImageStorage
    Data.PatientName = name patient
    Data.StudyDate = date patient
    Data. StudyDescription = commentary patient
    Data. Modality = "MR"
    Data.SeriesInstanceUID = pydicom.uid.generate_uid()
    Data.StudyInstanceUID = pydicom.uid.generate uid()
    Data.FrameOfReferenceUID = pydicom.uid.generate uid()
```

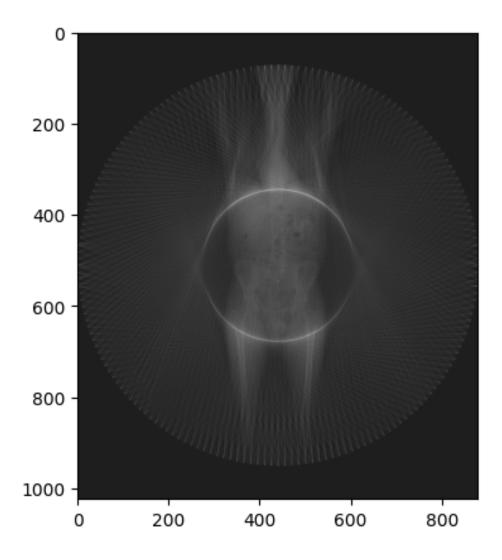
```
Data. BitsAllocated = 16
Data. BitsStored = 16
Data.HighBit = 15
Data. SamplesPerPixel = 1
Data.ImagesInAcquisition = "1"
Data.Rows = photo_dcm.shape[0]
Data.Columns = photo dcm.shape[1]
Data.ImagePositionPatient = r"0\01"
Data.ImageOrientationPatient = r"1\0\0\0\-1\0"
Data.ImageType = r"ORIGINAL\PRIMARY\AXIAL"
Data.RescaleIntercept = "0"
Data.RescaleSlope = "1"
Data. PixelSpacing = r"1\1"
Data.PhotometricInterpretation = "MONOCHROME2"
Data. PixelRepresentation = 1
pydicom.dataset.validate_file_meta(Data.file_meta, enforce_standard=True)
Data.PixelData = photo dcm.tobytes()
Data.save as("DICOM.dcm")
```

Funkcja create_dicom tworzy plik DICOM na podstawie obrazu wynikowego. Jako parametry przyjmuje imię i nazwisko pacjenta, datę badania oraz komentarz.

3.6 Przykładowy wynik działania programu

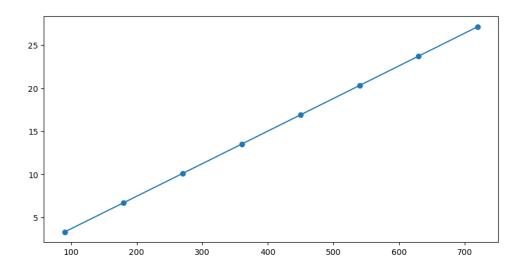


Rysunek 1: Przykładowy wynik działania programu – bez filtrowania

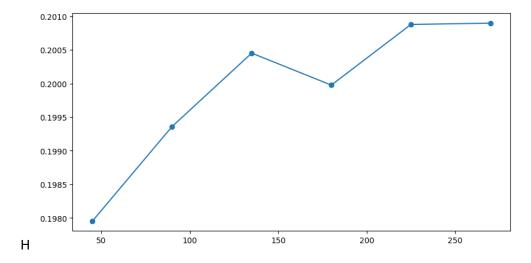


Rysunek 2: Przykładowy wynik działania programu – z filtrowaniem

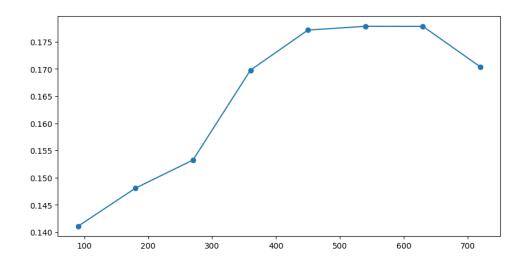
4 Statystyki



Rysunek 3: Wyniki miary RMSE dla różnej liczby detektorów



Rysunek 4: Wyniki miary RMSE dla różnej rozpiętości wachlarza kątów



Rysunek 5: Wyniki miary RMSE dla różnej liczby skanów

4.1 Porównanie RMSE dla obrazu filtrowanego i niefiltrowanego

Mean squared error dla obrazu bez filtrowania: 13.494372974090599

Mean squared error dla obrazu z filtrowaniem: 0.14701867613771755

Filtracja sinogramu pozwala na znaczne zmniejszenie błędu średniokwadratowego.